

گاهنامه علمی-تخصصی انجمن علمی دانشجویی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ



شماره ۳۶ - پاییز ۱۴۰۳



اعضا

سردبیر: هلیا حیدری نسب

مدیر مسئول: فاطمه حاج صادقی

صفحه آراء: متین کروبی

نویسندهای:

مهدی اسدی - پریا آهویی - فاطمه حاج صادقی - هلیا
حیدری نسب - هیوا زیبایی - کیان شاهمرادی - عسل
شهراسری - مهدی قاسمپور - مرضیه غلام - آذین
نوبخت - پریا نوبخت - مهرانا محالو و سید علی مظلومی

سخن سردبیر

مفتخرم که اعلام کنم، نشریه پت اولین ویژه‌نامه خود را در زمینه باپلیمرها منتشر می‌کند.

این نشریه، نه تنها یک رسانه، بلکه یک سفر است؛ سفری به دنیای کلمات، علم و دانش. در این مسیر، ما به دنبال ایجاد فضایی پویا و خلاقانه هستیم که در آن هر صدای جدیدی شنیده شود و هر فرد فرصتی برای درخشش داشته باشد.

این نشریه، در واقع یک پل ارتباطی است میان دانش و عمل، میان ایده‌های نوین و دستاوردهای علمی. هدف ما از انتشار این نشریه، بهبود و رشد فضای علمی در حوزه پلیمرها و ایجاد بستری مناسب برای تبادل اندیشه‌ها و تجربیات است.

در دنیای امروز، توجه به مسائل زیستمحیطی و پایداری به یکی از اولویت‌های اصلی جامعه علمی و صنعتی تبدیل شده است. به همین دلیل، نشریه پت تصمیم به انتشار ویژه‌نامه‌ای در مورد باپلیمرها گرفته است که به عنوان یک موضوع ویژه و حیاتی، اهمیت بسیاری دارد.

این ویژه‌نامه به بررسی آخرین دستاوردها، روش‌ها و تکنیک‌های نوین در تولید و کاربرد باپلیمرها اختصاص دارد. هدف از این اقدام، فراهم آوردن بستری مناسب برای تبادل نظر و اشتراک‌گذاری تجربیات پژوهشگران و متخصصان در این حوزه است. همچنین، با انتشار مقالات و تحقیقات مرتبط، تلاش می‌شود تا آگاهی جامعه علمی و صنعتی در مورد پتانسیل‌های باپلیمرها افزایش یابد.

به امید آنکه این ویژه‌نامه، گامی مؤثر در پیشبرد دانش و فناوری باپلیمرها باشد و به ایجاد آینده ای پایدارتر و سالم‌تر کمک کند. دعوت می‌شود تا با ما در این سفر علمی همراه شوید و با اشتراک‌گذاری نظرات و تجربیات خود، به غنای این ویژه‌نامه بیفزایید.

هلیا حیدری نسب

پاییز ۱۴۰۳

گزارش فعالیت‌های

انجمن علمی

دانشکده پلیمر و رنگ

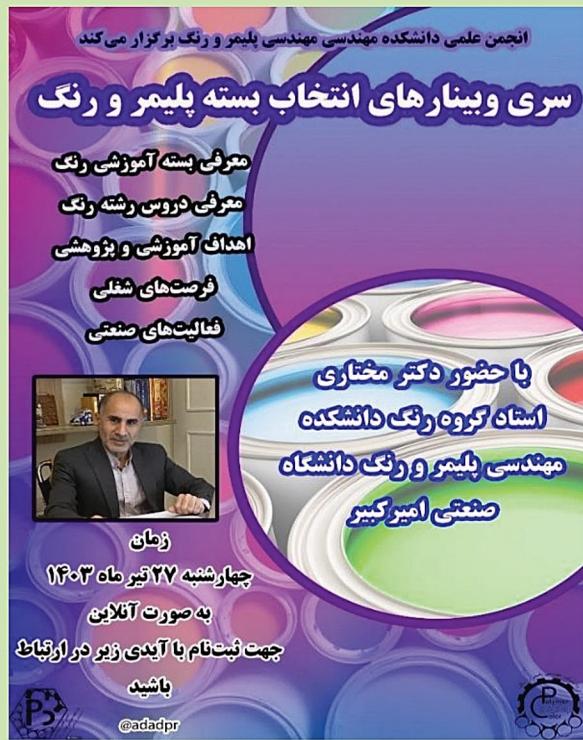
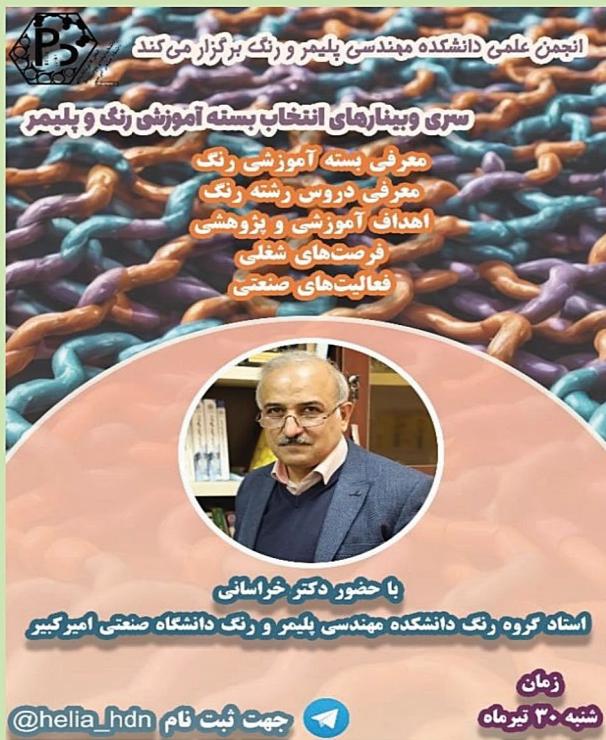
نیمسال اول ۱۴۰۳

فعالیت های انجمن علمی دانشکده پلیمر و رنگ

مسابقه	وبینار	کلاس آموزشی	کارگاه	بازدید دانشجویی	
۰	۵	۱	۰	۱	اردیبهشت
۰	۲	۲	۱	۰	خرداد
۰	۳	۳	۰	۰	تیر
۰	۲	۲	۰	۰	مرداد
۰	۰	۱	۰	۰	شهریور
۰	۰	۱	۲	۱	مهر
۱	۳	۱	۲	۱	آبان

الف

سری وینارهای بسته آموزشی پلیمر و رنگ



هدف این وینارهای علمی، معرفی و بررسی بسته‌های آموزشی و پژوهشی در زمینه مهندسی پلیمر و رنگ است. به طور خاص، اهداف آن شامل موارد زیر است:

۱. آشنایی با رشته‌های آموزشی: معرفی دروس و محتوای آموزشی مرتبط با مهندسی پلیمر و رنگ.

۲. اهداف آموزشی و پژوهشی: تبیین اهداف کلی و جزئی در این حوزه‌ها و چگونگی پیشرفت در آن‌ها.

۳. فرصت‌های شغلی: ارائه اطلاعات درباره فرصت‌های شغلی موجود در صنعت پلیمر و رنگ.

۴. فعالیت‌های صنعتی: بحث درباره فعالیت‌های عملی و صنعتی که دانشجویان و فارغ‌التحصیلان می‌توانند در آن‌ها مشارکت داشته باشند.

۵. افزایش دانش تخصصی: وینارهای شرکت‌کنندگان این امکان را می‌دهند که با جدیدترین تحقیقات و تکنولوژی‌ها در زمینه پلیمر و رنگ آشنا شوند. این اطلاعات می‌تواند به بهبود مهارت‌های علمی و عملی دانشجویان کمک کند.

۶. ایجاد ارتباطات حرفه‌ای: این رویداد فرصتی برای برقراری ارتباط با متخصصان، استادی و همتخصصان در این حوزه است. ایجاد شبکه‌های حرفه‌ای می‌تواند به تبادل اطلاعات و فرصت‌های شغلی در آینده کمک کند.



۷. تشویق به نوآوری: با ارائه مباحث نوین و چالش‌های موجود در صنعت پلیمر و رنگ، شرکت‌کنندگان تشویق می‌شوند تا به تفکر خلاق و نوآرانه بپردازند و راه حل‌های جدیدی برای مسائل موجود پیدا کنند.

۸. تقویت مهارت‌های عملی: ویinarها می‌توانند شامل کارگاه‌های عملی و نمایش‌های زنده باشند که به دانشجویان این امکان را می‌دهند تا مهارت‌های عملی خود را در محیطی واقعی تقویت کنند.

۹. آشنایی با فرصت‌های شغلی: متخصصان و فارغ‌التحصیلان موفق در این ویinar می‌توانند تجربیات خود را در مورد بازار کار و فرصت‌های شغلی در صنعت پلیمر و رنگ به اشتراک بگذارند.

۱۰. ترویج فرهنگ یادگیری مداوم: این ویinarها به دانشجویان و حرفه‌ای‌ها یادآوری می‌کند که یادگیری یک



فرآیند مستمر است و باید به روز بودن در دانش و مهارت‌های خود را جدی بگیرند.

سری وبینارهای آموزشی

هدف این کارگاه آموزشی لینکدین، ارتقاء مهارت‌های شرکت‌کنندگان در استفاده از این شبکه اجتماعی حرفه‌ای است. به طور خاص، اهداف آن شامل موارد زیر است:

۱. آشنایی با لینکدین: معرفی امکانات و ضرورت استفاده از این پلتفرم برای حرفه‌ها.

۲. ساخت اکانت و پروفایل: آموزش نحوه ایجاد و بهینه‌سازی اکانت و پروفایل شخصی.

۳. فعالیت مؤثر: ارائه راهکارهایی برای فعالیت مؤثر در لینکدین و شبکه‌سازی با دیگر حرفه‌ها.

۴. افزایش فرصت‌های شغلی: کمک به شرکت‌کنندگان برای بهره‌برداری بهتر از لینکدین به منظور یافتن فرصت‌های شغلی و ارتباطات حرفه‌ای.

این کارگاه به شرکت‌کنندگان کمک می‌کند تا از لینکدین به عنوان ابزاری کارآمد برای پیشرفت شغلی خود استفاده کنند.



هدف وبینار آشنایی با کنکور کارشناسی ارشد در رشته مهندسی پلیمر و رنگ، افزایش دانش تخصصی شرکت‌کنندگان است. این وبینار فرصتی برای آشنایی با جزئیات کنکور، سرفصل‌های درسی، منابع مطالعاتی و استراتژی‌های موفقیت فراهم می‌کند.

ایجاد ارتباطات حرفه‌ای نیز از دیگر اهداف است که به دانشجویان کمک می‌کند با افراد حرفه‌ای و استادی دانشگاهی ارتباط برقرار کنند و فرصت‌های همکاری را شناسایی کنند.

تشویق به نوآوری با معرفی جدیدترین روندها و فناوری‌ها، تقویت مهارت‌های عملی از طریق مثال‌ها و تجربیات واقعی، و آشنایی با فرصت‌های شغلی در صنعت پلیمر و رنگ نیز از دیگر جنبه‌های مهم وبینار به شمار می‌رond.

در نهایت، ترویج فرهنگ یادگیری مداوم با تاکید بر اهمیت بهروز بودن در



هدف این وبینار آموزش و آشنایی شرکت کنندگان با نرم افزارهای Endnote و Mendeley است که ابزارهای کلیدی برای مدیریت منابع علمی و ارجاع دهی محسوب می شوند.

۱. آموزش مهارت های مدیریت منابع: شرکت کنندگان با نحوه جستجو و مدیریت منابع علمی در پایگاه های مختلف آشنا می شوند.

۲. تسهیل در نگارش مقالات و پایان نامه ها: با یادگیری استفاده از نرم افزارهای Endnote و Mendeley، شرکت کنندگان می توانند به راحتی منابع خود را مدیریت و به متن های خود ارجاع دهند.

۳. افزایش دقت و کارایی: استفاده از این نرم افزارها به دانشجویان و محققان کمک می کند تا به طور دقیق و سریع تر به منابع خود دسترسی پیدا کنند و در نتیجه کیفیت کارهای علمی خود را ارتقا دهند.

۴. توسعه ارتباطات علمی: این وبینار فرصتی برای برقراری ارتباط با دیگر دانشجویان و محققان فراهم می آورد که می تواند به تبادل دانش و تجربیات منجر شود.



انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ برگزار می گند



دانشجو کارشناسی ارشد خودگذشتگی و حفاظت از مواد دانشگاه صنعتی امیرکبیر (پلی تکنیک تهران)
عضو انجمن آموزش مهندس ایران ISEE
عضو انجمن خودگذشتگی ایران ICA
دارای سertification در تدریس نرم افزارهای پژوهشی در دانشگاه های کشور



مدرس: محمد مهرداد

دوره آموزشی نرم افزار **Mendeley** **Endnote**

سرفصل های دوره نرم افزار:

- ◆ آشنایی و اهمیت مدیریت منابع علمی
- ◆ آشنایی با نرم افزارهای مدیریت منابع علمی و جستجو در پایگاه های علمی داخلی و خارجی
- ◆ بررسی جایگاه مدیریت منابع در مقالات و پایان نامه ها
- ◆ آموزش محيط نرم افزار
- ◆ استخراج منابع از پایگاه های علمی در کتابخانه نرم افزار
- ◆ آشنایی با ارجاع و زبانه Endnote و افزونه Endnote word در برنامه word
- ◆ درج منابع در متن اصلی و در انتها من
- ◆ آشنایی با مسکن های مدیریت نگارشی منابع در زوئنال های داخلی و خارجی

زمان برگزاری: ۲۸ و ۲۹ تیرماه
هزینه ثبت نام: ۱۰۰ هزار تومان



انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ برگزار می کند

سری وینارهای polyabroad

گفت و گو با مهندس امیر مالیر

دانش آموخته کارشناسی مهندسی پلیمر دانشگاه امیرکبیر

دانش آموخته کارشناسی ارشد مهندسی پلیمر دانشگاه امیرکبیر

ارشد مستعفیم

دانشجویی دکتری دانشگاه بریتیش کلمبیا

تدریس پار دروس مهندسی فرآیند شکل دهنی پلیمرها و مهندسی فراص فراخ پلیمرها
نویسنده مقالات ISI



@pca_admin آیدی ثبت نام

گفت و گو و بیان تجربیات بررسی مسیر تحصیلی پرسش و پاسخ با دانشجویان

زمان

شنبه 30 قیمه ساعت 21

انجمن علمی دانشکده
پلیمر و رنگ امیرکبیر
برگزار می کند:

POLY ABROAD

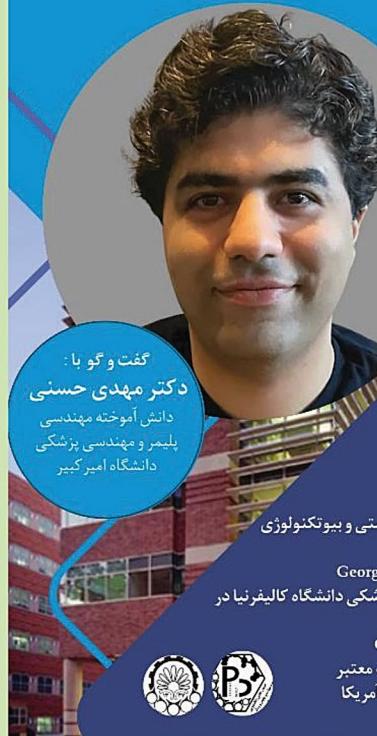
گفت و گو با دانش آموختگان برتر مهندسی پلیمر و چگونگی موفقیت در
مسیر تحصیلی

زمان:
پنجشنبه 17 آبان ماه 1403
ساعت 6 عصر
به صورت مجازی

ثبت نام از طریق:
@pca_Admin

هزینه ثبت نام:
20 هزار تومان

گفت و گو با:
دکتر مهدی حسنی
دانش آموخته مهندسی
پلیمر و مهندسی پزشکی
دانشگاه امیرکبیر



- کارشناسی ارشد مهندسی زیستی و بیوتکنولوژی دانشگاه EPFL سویس
- دارای مرکز دکتری از Georgia Tech
- استادیار دانشکده مهندسی پزشکی دانشگاه کالیفرنیا در لس آنجلس UCLA
- استادیار دانشگاه کرنل Cornell
- چاپ بیش از 90 مقاله در مجلات معتبر
- دارای 14 ثبت اختراع در کشور آمریکا

انجمن علمی دانشکده
مهندسی پلیمر و رنگ
برگزار می کند

وینار آموزشی

نگاهی بر رویکرد نادرست به یادگیری زبان در فرایند
آمادگی برای آزمون تافل و آیلتس

با حضور جناب آقای دکتری عنت علمی
کارشناسی ادبیات انگلیسی از دانشگاه تهران
کارشناسی ارشد ادبیات انگلیسی از دانشگاه
تهران
دکتری ادبیات انگلیسی از دانشگاه تهران
استاد مدعو دانشگاه تهران
تدریس دوره های تخصصی تافل به مدت 11 سال



زمان
شنبه 27 مرداد ساعت
15
هزینه ثبت نام 60 تومان

آیدی جهت ثبت نام @Alireza_5151

انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ دانشگاه امیرکبیر
برگزار میکند

کارگاه آموزشی نرم افزار EXCEL آنلاین

با ارائه گواهی از دانشگاه امیرکبیر

شببه

۱۳ مردادماه از ساعت ۱۹ الی ۲۱

شهریه: ۱۵۰ هزار تومان

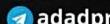
دانشجویان دانشگاه امیرکبیر با تخفیف

۱۰۰ هزار تومان

سرفصل های آموزشی

- ✓ مقدمه نرم افزار اکسل
- ✓ ساخت جداول
- ✓ کار با کاربری ها
- ✓ بودار، تصویر، اشکال
- ✓ فرمول ها و توابع پرسکاربرد در اکسل
- ✓ ساخت پیش فاکتور
- ✓ شخصی سازی و چاپ

اطلاعات بیشتر و ثبت نام



در نتکرایم id بابا را سرج نمایید



مدرس



انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ دانشگاه امیرکبیر
برگزار میکند

کارگاه آموزشی ساخت پاورپوینت آنلاین

با ارائه گواهی از دانشگاه امیرکبیر

۷ مردادماه از ساعت ۱۹ الی ۲۱

با ارائه ویدیو از کلاس

شهریه: ۲۰۰ هزار تومان

دانشجویان دانشگاه امیرکبیر با تخفیف

۱۵۰ هزار تومان

سرفصل های آموزشی

- ✓ مقدمه نرم افزار پاورپوینت آفیس
- ✓ ساخت اسلایدها (عنوان، صدا، تصویر، نمودار)
- ✓ موشن گرافیک در پاورپوینت
- ✓ نمایش و خروجی گرفتن از پاورپوینت
- ✓ ساخت پاورپوینت با هوش مصنوعی
- ✓ ساخت پاورپوینت در کامپیوتر
- ✓ تولید محتوا و عکس با هوش مصنوعی

اطلاعات بیشتر و ثبت نام



در نتکرایم id بابا را سرج نمایید



(پسندیده شد)

انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ دانشگاه امیرکبیر
برگزار میکند

کارگاه آموزشی نرم افزار WORD آنلاین

با ارائه گواهی از دانشگاه امیرکبیر

یکشنبه

۱۴ مردادماه از ساعت ۱۹ الی ۲۱

شهریه: ۱۵۰ هزار تومان

دانشجویان دانشگاه امیرکبیر با تخفیف

۱۰۰ هزار تومان

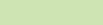
سرفصل های آموزشی

- ✓ مقدمه نرم افزار ورد
- ✓ جدول، عکس، نمودار
- ✓ صفحه آرایی (شمایه نگاری، فعلی بندی)
- ✓ فوست
- ✓ فریزنس دهنی
- ✓ فریخت بندی
- ✓ ویراستاری

اطلاعات بیشتر و ثبت نام



در نتکرایم id بابا را سرج نمایید



(پسندیده شد)

هدف این سه کارگاه آموزشی ارتقاء مهارت‌های کامپیوتري شرکت‌کنندگان در نرم‌افزارهای Excel و Word و PowerPoint است تا آن‌ها بتوانند به صورت مؤثرتر از این ابزارها در تحلیل داده‌ها، طراحی ارائه‌ها و نوشتمن استفاده کنند.

هدف این دوره آموزشی مقدماتی پایتون، ارتقاء مهارت‌های برنامه‌نویسی شرکت‌کنندگان در زبان پایتون است تا شرکت‌کنندگان بتوانند با مفاهیم پایه‌ای مانند نصب نرم‌افزار، کار با متغیرها، توابع، و اصول برنامه‌نویسی شیء‌گرا آشنا شده و از این مهارت‌ها در پروژه‌های عددی و داده‌کاوی استفاده کنند.

انجمن علمی دانشکده پلیمر و رنگ دانشگاه صنعتی امیرکبیر برگزار می‌کند:

دوره پایتون مقدماتی

مدرس:
مهندس رضا راجبی

دانشجوی دکترا همراه

درس برگزاری‌های مهندسی

زمان برگزاری:

۱۳۰، ۱۶۰، ۱۴۹، ۷، ۲

۲۳، ۲۱، ۱۶، ۱۴، ۹، ۷، ۲

۲۷ و ۲۱ آبان ماه

هزینه ثبت نام:

دانشجویان ارشدکار پلیمر و رنگ: ۲۰۰ هزار تومان

دانشجویان دانشگاه امیرکبیر: ۲۲۰ هزار تومان

سایر: ۲۵۰ هزار تومان

@adadpr

سرفصل های دوره:

- شریح اصول اپلیکیشن شامل کردن مفهومیت ایستگشتهایهای تابعی، شرطی، حلقه‌ای While for و تابعی، روزی، کارهای کار با اینها
- شریح کشنهایهای به مثلف کار با اینها کار با کشنهایهای symbolic (sympy) مانند
- کار با کشنهایهای pandas به مثلف مدریت ساختن‌های داده (دادا-ساختهای) پیچیده و جزو motplotlib چهت ترسیم نمودارهای مختلف
- کار با لایکن‌های مربوط به اینها
- شریح میاخت اینها با اینها
- مرتبط با برنامه‌نویسی شیء‌گرا

دانشجویی دکتری دانشگاه امیرکبیر
دانشجویی دکتری دانشگاه امیرکبیر
دانشجویی دکتری دانشگاه امیرکبیر

مدرس: مهندس احمد رضا محمدی

شنبه سازی فرآیند در ASPEN HYSYS با تمرکز بر صنایع پلیمری

هزار ۱۲ ساعت

دوره: ۵ دوره شهريور
پيان دوره: 20 شهريور

دوشنبه ها و سه شنبه ها
ساعت ۱۹ الی ۲۱

بالاعطای مدرک معتبر از سمت دانشگاه صنعتی امیرکبیر

دانشگاه صنعتی امیرکبیر

هدف دوره‌های آموزشی ASPEN HYSYS و پایتون، ارتقاء مهارت‌های تخصصی شرکت‌کنندگان در زمینه شبیه‌سازی فرآیندها و برنامه‌نویسی است. این دوره‌ها به شرکت‌کنندگان کمک می‌کنند تا با مفاهیم و ابزارهای مورد نیاز در صنایع مرتبط آشنا شوند و توانایی‌های خود را در استفاده از نرم‌افزارهای تخصصی و زبان برنامه‌نویسی افزایش دهند.

انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ دانشگاه صنعتی
امیرکبیر برگزار می‌کند

کارگاه مقاله نویسی ISI

مدرس: دکتر نازم حظایزه
دکترای دانشگاه شیخ بهشتی
پسادکترای دانشگاه خوارزمی
عنوان دستی طلبی دانشگاه
داور مجلات متعدد ملی و بین المللی



دانشیزه
از سالهای ۱۶-۱۷-۱۸
خریده بفت نازم
دانشگاه امریکایی عمان ۳۰۰
بریک سایر محتفه‌ها: تحقیق ۲۰۰
پژوهی پژوهی ۵۰۰ و انتشارات پژوهش

P3

انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ برگزار می‌کند

دوره آموزشی نرم افزار chemdraw

سرفصل‌های آموزش

معرف جامع نرم افزار

آموزش طراحی واکنش‌های شیمیایی

آموزش طراحی ساختارهای شیمیایی

آموزش استفاده از پایگاه داده نرم افزار

آموزش طراحی ساختارهای زیستی

مدروس
امیرضا ولی‌تبار

دانشجوی کارشناسی رشته شیمی محض
دانشگاه مازندران

نهم مرداد ماه ساعت به صورت آنلاین

هزینه 40 هزار تومان

با اعطای گواهی رسمی

زمان

آبدی جهت ثبت نام

@adadpr

بازدیدهای علمی

انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ برگزار میکند



بازدید از کارخانه دلپذیر

به همراه پذیرایی صبحانه و ناهار و
پک هدیه شرکت دلپذیر



زمان: ۲۱ آبان ۱۴۰۳
هزینه ثبت نام: ۸۰ هزار تومان

برای ثبت نام و اطلاعات بیشتر به ایدی زیر پیام دهید
[@Alireza_5151](https://www.instagram.com/alireza_5151)

انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ برگزار میکند:



بازدید از پژوهشگاه پلیمر و پتروشیمی ایران



و مشارکت در آین نکوداشت استاد فرازه
دکتر فرامرز افشار طارمی

سه شنبه ۲۵ اردیبهشت ۱۴۰۳

از ساعت ۸ صبح به همراه پذیرایی

هزینه ثبت نام: ۵ هزار تومان

جهت ثبت نام و کسب اطلاعات بیشتر با ما

در ارتباط باشید: [@adadpr](https://www.instagram.com/adadpr)



انجمن علمی دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ برگزار میکند

بازدید دانشجویی از گروه کارنگات
صنایع غذایی گلرنگ کارنگات
صنعتی اکتیو و نانسی

هزینه ثبت نام:
۱۰ هزار تومان



گروه غذایی گلرنگ



کارخانه نانسی

زمان بازدید:
۷ آبان ماه

[@Alireza_5151](https://www.instagram.com/@Alireza_5151)



کمپین‌ها



کمپین **POLY ECO** که توسط انجمن پلیمر و رنگ دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ برگزار می‌شود، به هدف ترویج حفاظت از محیط زیست و کاهش آلودگی‌های ناشی از زباله‌های پلاستیکی طراحی شده است.

اهداف و فعالیت‌های کمپین:

۱. کاهش زباله‌های پلاستیکی: این کمپین با شعار "هر درب بطری یک درخت" به دنبال جمع‌آوری درب‌های بطری‌های پلاستیکی است. به ازای هر درب جمع‌آوری شده، یک درخت کاشته می‌شود. این اقدام به کاهش زباله‌های پلاستیکی و افزایش فضای سبز کمک می‌کند.

۲. آگاهی‌بخشی: برگزاری دوره‌های آموزشی و کارگاه‌ها برای آشنایی بیشتر دانشجویان و عموم مردم با موضوعات مرتبط با محیط زیست و روش‌های کاهش مصرف پلاستیک.

۳. تشویق به مشارکت اجتماعی: این کمپین به دنبال ایجاد حس مسئولیت‌پذیری در افراد نسبت به محیط زیست و تشویق آن‌ها به شرکت در فعالیت‌های حفاظتی است.

۴. ترویج فرهنگ بازیافت: با جمع‌آوری درب‌های بطری و کاشت درخت، این کمپین به ترویج فرهنگ بازیافت و استفاده مجدد از مواد کمک می‌کند.

فهرست مطالب

۰۴

مقالات تخصصی

۵۳

أخبار

۶۱

کنفرانس

۶۴

معرفی‌ها

۸۸

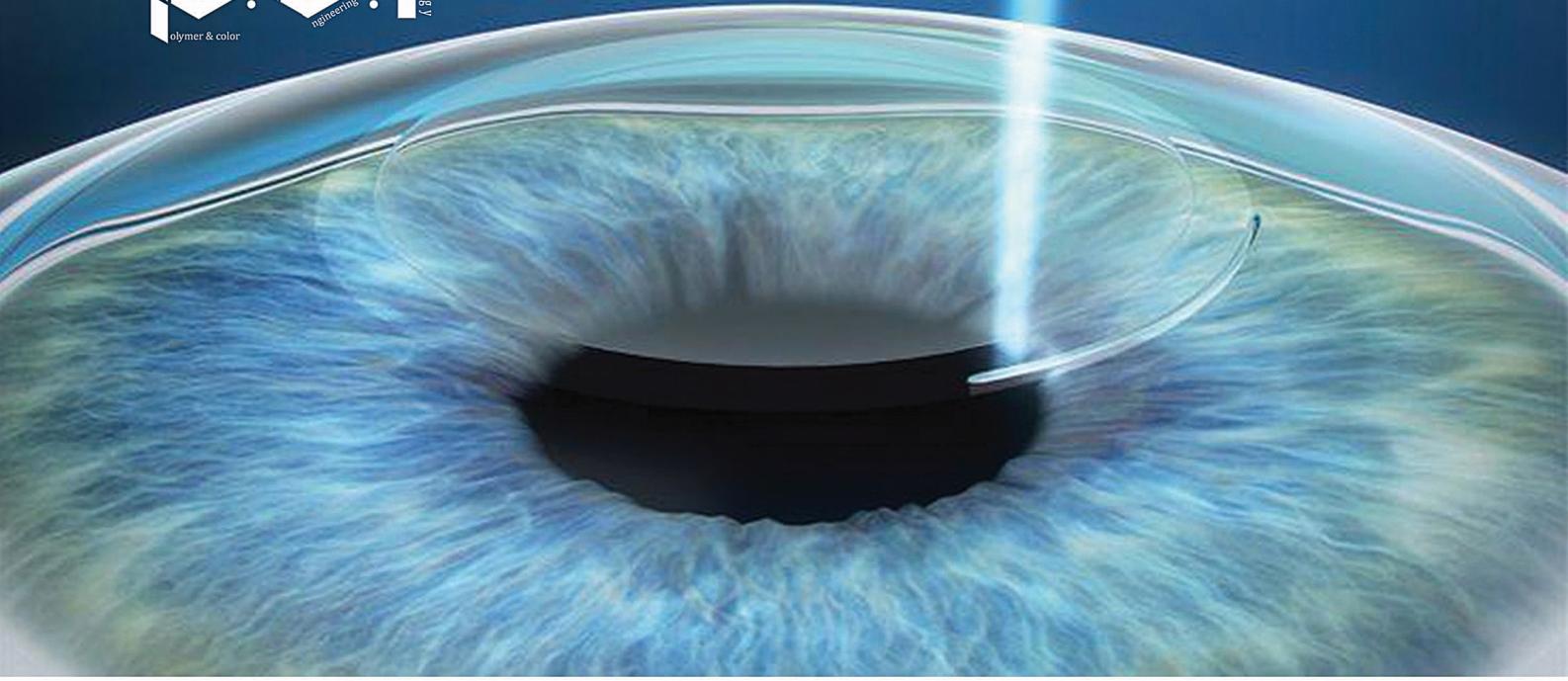
مصالحه

۱۰۲

چالش علمی



مقالات تخصصی



بایوپلیمرها در درمان بیماری‌ها (لنزهای داخلی چشم)

asal.divanshahrasari@gmail.com

◀ عسل شهراسری

چکیده

لنز تماسی یک وسیله نوری است که بر روی قرنیه چشم به گونه‌ای قرار می‌گیرد که لنز در طول پلک زدن بر روی سطح چشم باقی می‌ماند. هدف اصلی از پوشیدن یک لنز تماسی، اصلاح نواقص بینایی است؛ در این کاربرد، آن‌ها لنزهای آرایشی نامیده می‌شوند. لنزهای تماسی همچنین می‌توانند از نظر پزشکی برای درمان بیماری‌های خاص مورد استفاده قرار گیرند. در چنین مواردی به آن‌ها لنزهای درمانی یا بانداز گفته می‌شود. محدوده لنزهای تماسی از سخت تا نرم است. لنزهای سخت عمده شامل پلی(متیل متاکریلات) (PMMA)^۱ بوده و برای اکسیژن غیرقابل‌نفوذ هستند. لنزهای سخت و نیمه سخت که نسبت به اکسیژن نفوذپذیر هستند، از کوپلیمرهای سیلوکسان^۲ و آکریل^۳ و لنزهای انعطاف‌پذیر و نفوذپذیر نسبت به اکسیژن از سیلیسین‌ها ساخته شده‌اند. لنزهای تماسی نرم از پلیمرهایی که مقادیر زیادی آب جذب می‌کنند تا به هیدروژل‌ها تبدیل شوند، تهیه می‌شوند. لنزهای آب‌گریز سخت و نرم به یک لایه اشک نسبتاً ضخیم بین سطح عقبی خود و قرنیه چشم نیاز دارند. لنزهای هیدروژل نرم از نزدیک به قرنیه با یک لایه اشک تنها ضخامت مویرگی بین لنز و سطح قرنیه می‌چسبند. با هر نوع لنز تماسی، سطح قرنیه باید همیشه مرطوب و اکسیژن‌دار باشد تا شفاف و سالم بماند.



¹Poly (methyl methacrylate)

²Siloxane

³Acrylate

قرنیه یک بافت بدون رگ با متابولیسم هوازی فعال است. اکسیژن سطح قرنیه به طور معمول از طریق فیلم اشکی که اکسیژن را برای اپیتیلیوم^۴ قرنیه تامین می‌کند، انجام می‌شود. هنگامی که پلک‌ها بسته می‌شوند، اکسیژن توسط مویرگ‌های خونی ملتحمه پلکی (بخش عقبی پلک‌ها) به سطح قرنیه تامین می‌شود. هنگامی که سطح قرنیه از اکسیژن محروم می‌شود، گلیکوژن اپیتیلیوم کاهش می‌یابد و تولید اسید لاتیک در نتیجه گلیکولیز بی‌هوازی افزایش می‌یابد. سپس قرنیه متورم و سطح آن مهآلود می‌شود. بنابراین، با هر نوع لنز تماسی، اختلال در تامین O_2 به سطح قرنیه باید به وسیله تبادل اشک غنی از اکسیژن زیر لنز، با نفوذ اکسیژن از میان لنز، یا توسط هر دو به حداقل برسد [۲]

مقدمه

در تعامل هستند به ایجاد مشکلات جدی مانند عفونت، سمت، رد شدن ماده کاشته شده در بدن، یا دیگر عوارض جانبی نمی‌انجامند. مواد زیستی پلیمری پیشرفته امروزی به طور معمول برای انتقال دارو و زن، مهندسی بافت، پزشکی بازساختی، اعضای مصنوعی، کاربردهای چشمی، دریچه‌ها و شریان‌های قلب، ترمیم زخم و استخوان، تصویربرداری زیستی و بسیاری کاربردهای دیگر استفاده می‌شوند. تعدادی از مواد پلیمری برای درمان آسیب‌ها و بیماری‌های چشمی، تشخیص‌های پزشکی با پایش علائم حیاتی چشم، و بهبود بینایی طراحی و آزمایش شده‌اند. چشم اگرچه نسبتاً کوچک است، اما دارای قسمت‌های مختلفی مانند قرنیه، صلبیه، لنز، بدن مژگانی، جسم زجاجیه، شبکیه و عصب بینایی است (شکل ۱). علاوه بر این، ترکیب، خواص و عملکردهای این قسمت‌های اساسی چشم به طور بنیادی متفاوت است. به همین دلیل، جایگزینی این قسمت‌ها نیازمند مواد مخصوصی است که باید نیازهای خاصی مانند شفافیت مورد نظر، ویسکوزیته، محتوای

استفاده از مواد پلیمری برای طیف گسترده‌ای از کاربردهای زیست‌پزشکی مورد بررسی قرار گرفته است و بسیاری از سیستم‌های پلیمری به طور خاص برای استفاده در بدن انسان طراحی شده‌اند. مواد زیستی طبیعی که از حیوانات یا گیاهان تولید یا استخراج می‌شوند، مانند کلارن، ژلاتین، سلولز، اسید هیالورونیک، کیتوسان و سیکلودکسترین^۵، به طور گسترده‌ای در کاربردهای زیست‌پزشکی استفاده می‌شوند. با این حال، با پیشرفت‌های حاصل شده در روش‌های سنتز معاصر و معماری‌های مولکولی، پلیمرهای مصنوعی غالب ترجیح داده می‌شوند. علیرغم برتری در زیست‌سازگاری، پلیمرهای طبیعی عموماً سیستم‌هایی ثابت با خواص تعریف‌شده هستند و کاربردهای خاص در بدن انسان نیازمند مواد زیستی با خواص مکانیکی، حرارتی، نوری یا الکتریکی ویژه است. به طور کلی پلیمرهای زیست‌سازگار (طبیعی یا مصنوعی) وقتی با موجودات زنده، مانند پروتئین‌ها، سلول‌های زیستی، خون، و بافتها و اندام‌های انسانی

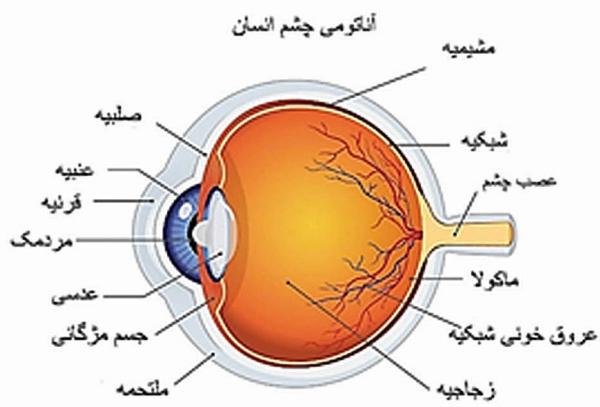
^۴Epithelium: a type of body tissue that forms the covering on all internal and external surfaces of the body.

^۵Cyclodextrin



کوچک است، اما عضوی بسیار پیچیده می‌باشد. اشعه‌های نور از طریق قرنیه شفاف وارد چشم می‌شوند. قدرت انكساری قرنیه (تقریباً ۱.۳۴) باعث می‌شود نور خم شده و از طریق مردمک، که در مرکز عنبیه قرار دارد، عبور کند. عنبیه مانند دیافراگم دوربین عمل می‌کند؛ در اتاق تاریک، عنبیه گشاد می‌شود و مردمک باز می‌شود تا نور بیشتری وارد چشم شود. در نور خورشید روشن، عنبیه منقبض می‌شود و مردمک کوچک‌تر می‌شود تا نور کمتری وارد چشم شود. عدسی چشم (با ضربی انكساری تقریباً ۱.۴۰) یک جسم شفاف و دوطرفه می‌دهد. دیوپتر واحدی از قدرت انكساری همگرا به چشم فاصله کانونی عدسی است. مثلاً یک عدسی با فاصله کانونی ۵۰ میلی‌متر دارای ۲۰ دیوپتر است. به عبارت دیگر، عدسی داخل چشم جهت اشعه‌ها را به اندازه‌ای تغییر می‌دهد که اشعه‌ها به سمت یک نقطه مشترک روی شبکیه همگرا شوند. شبکیه تمام اشعه‌های نور را دریافت کرده و از طریق سلول‌های فوتورسپتور به نام میله‌ها و مخروط‌ها اشعه‌ها را به ایمپالس‌های الکتریکی تبدیل می‌کند. مخروط‌ها مسئول جزئیات دقیق، نور روشن و رنگ‌ها هستند، در حالی که سلول‌های میله‌ای به دید محیطی و دید در شب کمک می‌کنند. هنگامی که نور به میله‌ها و مخروط‌ها برخورد می‌کند، سلول‌های مربوطه فعال شده و ایمپالس‌های عصبی را ارسال می‌کنند که از طریق عصب عصب بینایی به مغز منتقل می‌شوند. لوب پس‌سری مغز اطلاعات ارسالی از چشم را پردازش می‌کند تا به صورت یک تصویر

آب یا ضربی شکست را علاوه بر زیست‌سازگاری، برآورده کند.



شکل ۱. آناتومی چشم انسان [۱]

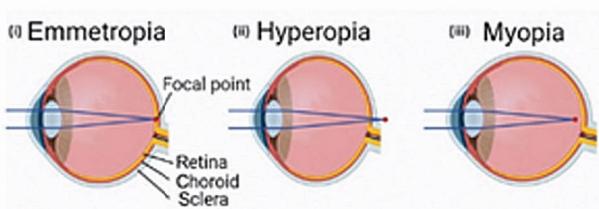
در این بررسی، هدف ما این است که مواد پلیمری را که برای کاربردهای سطح چشم و داخل چشمی در حال توسعه هستند، بر جسته کنیم. با لنزهای تماسی به عنوان اصلاح روزانه دید و الکترونیک پوشیدنی شروع کرده و با کاربرد به عنوان قرنیه و صلبیه ادامه می‌دهیم. سپس تکامل سیستم‌های پلیمری برای کاربردهای لنز داخل چشمی را مورد بحث قرار داده و با جایگزین‌های زجاجیه پلیمری نتیجه‌گیری می‌کنیم [۱].

آناتومی و فیزیولوژی چشم

چشم انسان عضوی است که مسئول بینایی می‌باشد. چشم، عصب بینایی و مغز با هم کار می‌کنند تا اشعه‌های نور را به تصویر تبدیل کنند. با اینکه چشم



و عدسی داخل کیسه کپسولی قوی‌تر می‌شود. افزایش قدرت نوری عدسی به دلیل افزایش ضخامت محوری عدسی، کاهش قطر عدسی و افزایش انحنای در سطوح قدامی و خلفی عدسی است (شکل ۲) [۱].



شکل ۲. خطاهای انعکاسی چشم [۱]

مواد پلیمری برای کاربردهای سطح چشمی

الف) لنزهای تماسی (CLS)^{۱۲}

لنزهای تماسی (CLS) علاوه بر تصحیح خطاهای انکساری و فراهم کردن جایگزینی برای عینک‌ها، در کاربردهای مختلفی مانند آزادسازی کنترل شده دارو، درمان نقص‌های قرنیه و ترمیم زخم پس از جراحی توسعه یافته‌اند. مواد پلیمری مورد استفاده در لنزهای تماسی نسل بعدی و حسگرهای لنز تماسی به طور گستردگی بررسی شده‌اند. این لنزها با ویژگی‌هایی همچون رطوبت‌پذیری بیشتر، جلوگیری از چسبیدن باکتری‌ها، فعالیت درمانی و تشخیص بیماری‌های چشمی طراحی شده‌اند. دو نوع اصلی لنزهای تماسی وجود دارد: لنزهای سخت و نرم

دیده شود. لوب آهیانه‌ای به توانایی‌های فضایی-بصری مانند حرکت، هدایت و درک عمق کمک می‌کند که به افراد در شناخت و تطبیق با محیط اطرافشان کمک می‌کند. لوب گیجگاهی که مسئول حافظه است، به تصویر معنی می‌بخشد. قدرت انکساری چشم توسط قرنیه (۴۰ دیوپتر)، عدسی (۱۵-۲۰ دیوپتر) و طول محوری چشم (به طور متوسط ۲۳.۳ میلی‌متر) تعیین می‌شود. بنابراین، چشم انسان به طور متوسط حدود ۶۰ دیوپتر قدرت انکساری همگرا فراهم می‌کند. وقتی قدرت انکساری قرنیه، قدرت عدسی و طول محوری چشم متعادل شوند، اشعه‌ها دقیقاً روی شبکیه مرکز می‌شوند و دید کامل (امتروپیا)^{۱۳} حاصل می‌شود. چشم‌های امتروپیک در آزمون اسنلن^{۱۴} نمره ۲۰/۲۰ دارند. چشمی که قدرت کمتری دارد، نور را پشت شبکیه مرکز می‌کند و دچار دوربینی (هایپرопیا)^{۱۵} است. بر عکس، چشمی که قدرت انکساری زیادی دارد، نور را جلوی شبکیه مرکز می‌کند و نزدیک‌بین (میوپیا)^{۱۶} است. آستیگماتیسم یک نقص در قرنیه یا عدسی است که در آن قدرت انکساری در یک محور با قدرت انکساری محورهای دیگر متفاوت است. فرایند تطابق به چشم انسان اجازه می‌دهد که قدرت نوری خود را با تغییر شکل عدسی تغییر دهد و به این ترتیب افراد بتوانند اشیای نزدیک را ببینند. تطابق به عنوان افزایش قدرت دیوپتریک^{۱۷} چشم تعریف می‌شود. وقتی یک چشم سالم و جوان روی یک شیء نزدیک مرکز می‌کند، ماهیچه‌های مژگانی داخل چشم منقبض می‌شوند، زونول‌ها شل می‌شوند

^{۱۲}Ametropia

^{۱۳}Myopia

^{۱۴}Snellen

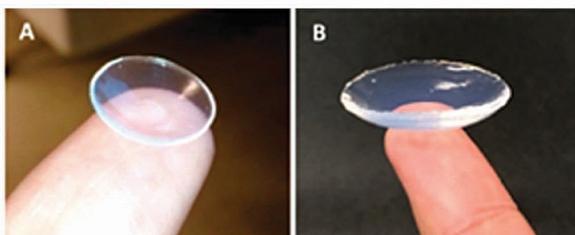
^{۱۵}Dioptic

^{۱۶}Hyperopia

^{۱۷}Contact Lenses



مسدود کننده UV برای محافظت در برابر اشعه ماوراء بنفسج توسعه یافته‌اند (شکل ۳) [۱].

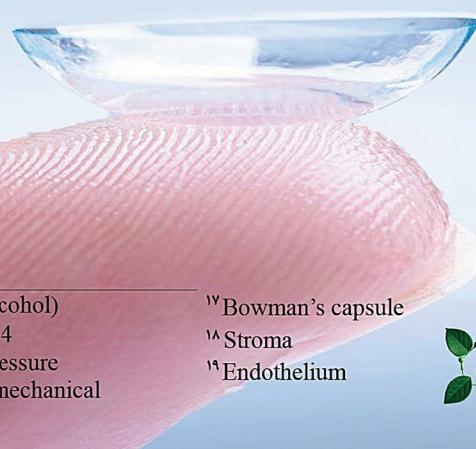


شکل ۳. شکل لنز تماسی هیدروژل PVA تقویت شده با نانوسلولز (A) و هیدروژل کیتوسان (B) [۱]

ب) ترمیم قرنیه و صلبیه

قرنیه یک جزء شفاف و چندلایه از سطح چشمی است که نور را بر روی لنز متمرکز می‌کند تا بر روی شبکیه بیافتد (شکل ۴). این پنج لایه شامل اپیتلیوم، کپسول بومن^{۱۲}، استرومما^{۱۳} (که حدود ۹۰٪ از ضخامت کل قرنیه را تشکیل می‌دهد)، غشای دسمه و اندوتلیوم^{۱۴} می‌باشد. آسیب یا بیماری قرنیه یکی از علل شایع نابینایی است و ممکن است نیاز به پیوند قرنیه برای حفظ یا بهبود بینایی داشته باشد. به طور معمول، از قرنیه اهدایی از افراد تازه فوت شده استفاده می‌شود، اما مواد جایگزین متعددی برای پیوند قرنیه در حال توسعه است. بیوپلیمرهای طبیعی مانند کلارزن، غشاء آمنیوتیک، ابریشم، کیتوزان، ژلاتین، آژینات و اسید هیالورونیک به عنوان مواد پیوندی قرنیه مورد بررسی قرار گرفته‌اند. با این حال، کلارزن به دلیل کمبود خواص مکانیکی

[۲]. لنزهای سخت که به لنزهای گاز نفوذپذیر نیز معروف اند، دوام بیشتری دارند و مقاومت بالاتری در برابر تجمع رسوبات دارند، اما به اندازه لنزهای نرم راحت نیستند. لنزهای نرم معمولاً از پلیمرهای هیدروژل ساخته می‌شوند که بسیار شفاف، نرم و هیدروفیل هستند. مواد طبیعی و سنتتیک برای افزایش سازگاری زیستی لنزهای تماسی ترکیب می‌شوند. برای مثال، هیدروژل‌های تقویت شده با نانو سلولز و پلی وینیل الکل^{۱۵} (NC-PVA) برای استفاده در لنزهای تماسی با سازگاری زیستی بالا توسعه یافته‌اند. همچنین، هیدروژل‌های کیتوسان شفاف و قابل قالب‌گیری به عنوان مواد نرم زیست‌مشتق برای لنزهای تماسی و قرنیه مصنوعی معروف شده‌اند. تغییرات سطحی لنزها با استفاده از بیوپلیمرها به منظور کاهش خشکی و ناراحتی چشمی صورت می‌گیرد. به عنوان مثال، پروتئوگلیکان^{۱۶} (PRG4) به سطح لنزهای هیدروژل متصل می‌شود تا خاصیت روان‌سازی بهتری فراهم کند. لنزهای تماسی ضدمیکروبی نیز با استفاده از مواد ضد باکتری و ضد چسبندگی توسعه یافته‌اند. لنزهای تماسی حسگر نیز برای نظارت بر علائم حیاتی چشمی مانند فشار داخل چشمی (IOP)^{۱۷}، دما، رطوبت و سطح گلوکز توسعه یافته‌اند. برای مثال، حسگرهای میکروالکترومکانیکی^{۱۸} (MEMS) و سیستم‌های حسگر بی‌سیم در لنزهای سیلیکونی جاسازی شده‌اند تا تغییرات فشار داخل چشمی را مانیتور کنند. همچنین، لنزهای تماسی با نانوذرات



^{۱۲} Poly (vinyl alcohol)

^{۱۳} Proteoglycan 4

^{۱۴} Intraocular pressure

^{۱۵} Microelectromechanical

^{۱۶} Bowman's capsule

^{۱۷} Stroma

^{۱۸} Endothelium

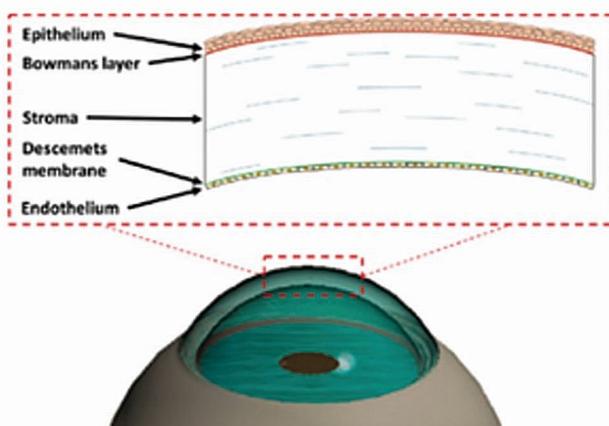
زخم‌های چشمی با برش‌های جراحی استفاده شوند [۳].

مواد پلیمری برای کاربردهای داخل چشمی

الف) لنزهای داخل چشمی (IOLs)^{۲۵}

لنز انسانی بخش اساسی چشم انسان است و همراه با قرنیه، تصویری نوری روی شبکیه ایجاد می‌کند. لنز حاوی ۶۵٪ آب و ۳۵٪ پروتئین‌های ساختاری است که شاخص شکست نوری (RI)^{۲۶} را در مرکز (هسته لنز) و محیط (قشر لنز) ایجاد می‌کند. شاخص شکست نوری لنز طبیعی بین ۱.۴۰ تا ۱.۴۲ است. با افزایش سن، لنز سخت‌تر می‌شود و قابلیت تغییر شکل خود را از دست می‌دهد، که به دو بیماری شایع آب مروارید و پیرچشمی منجر می‌شود. آب مروارید به کدر شدن لنز گفته می‌شود و می‌تواند ناشی از ضربه، تاثیرات شیمیایی سیستمیک، پیری یا تابش UV باشد. پیرچشمی باعث کاهش تدریجی توانایی تمرکز بر روی اشیاء نزدیک می‌شود که عمدتاً به دلیل سخت شدن لنز است. جایگزینی لنز سخت شده با ماده‌ای نرم و شفاف می‌تواند به بازگرداندن قابلیت تطبیق چشمی کمک کند. در حال حاضر، لنزهای داخل چشمی مختلفی برای درمان آب مروارید و پیرچشمی در دسترس هستند. در جراحی آب مروارید، لنز از طریق یک برش کوچک برداشته شده و لنز داخل چشمی جایگزین آن می‌شود. عوارض رایج این جراحی شامل کدر شدن کپسول پشتی^{۲۷} لنز (PCO) است که می‌تواند باعث تاری دید شود.

مطلوب به طور محدود استفاده می‌شود. برخی مواد جدید مانند غشاهاي کلاژن-پلی‌روتاکسان و هیدروژل های زلاتین (GELCORE) برای بهبود خواص مکانیکی و زیست سازگاری توسعه یافته‌اند.



شکل ۴. شماتیک چشم انسان با سطح مقطع قرنیه لایه‌ای [۱]

پلیمرهای سنتزی نیز مانند پلی (هیدروکسی اتیل متاکریلات) (PHEMA)، پلی (گلیکولیک اسید) (PGA) و پلی (وینیل الکل) (PVA) به دلیل خواص آبدوستی و زیست سازگاری برای کاربردهای بیولوژیکی مورد استفاده قرار گرفته‌اند. الکترواسپین فیبرها و صفحات پلیمری برای حمایت مکانیکی از هیدروژلهای استرومما و پیوندهای اپیتلیال^{۲۸}/اندوتلیال^{۲۹} مورد استفاده قرار می‌گیرند. همچنین مواد چسبنده چشمی مانند پلیمرهای پاسخگو به دما برای درمان زخم‌های چشمی طراحی شده‌اند. این مواد می‌توانند با تغییر دما به حالت جامد درآیند و برای بستن موقت

^{۲۵} Poly (hydroxy ethyl methacrylate)

^{۲۶} Polyglycolide

^{۲۷} Poly (vinyl alcohol)

^{۲۸} Epithelial

^{۲۹} Endothelial

^{۲۵} Intraocular Lenses

^{۲۶} Refractive Index

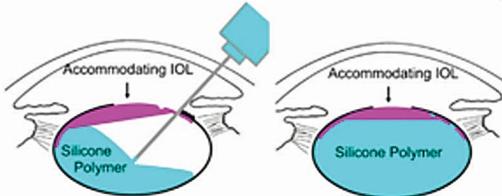
^{۲۷} Posterior Capsule Opacification

به عنوان آینده مواد جایگزین زجاجیه مورد توجه قرار گرفته‌اند [۳].

نتیجه‌گیری

مواد پلیمری بدون شک برای بسیاری از کاربردهای پزشکی بسیار مفید بوده‌اند. دسترسی سنتزی و پیشرفت در علم و مهندسی پلیمر مدرن راه را برای تبدیل پلیمرها به بخش‌های اساسی درمان‌های پزشکی نوین برای بدن انسان از سر تا پا باز کرده است. این مرور به توصیف مواد پلیمری مهمی که به طور خاص برای استفاده در برنامه‌های چشم انسان توسعه یافته و استفاده می‌شود، هدفمند است. اگرچه چشم ارگانی بسیار کوچک است، اما از بسیاری از قسمت‌ها تشکیل شده است و با وجود پیچیدگی شگفت‌انگیز خود، این خلاصه از مواد پلیمری برای استفاده در چشم به طور کامل نشان می‌دهد که پلیمرها با ترکیب و معماری شیمیایی مشابه، می‌توانند برای قسمت‌های مختلف چشم استفاده شوند. همچنین، تنظیم ویژگی‌های پلیمرها (به عنوان مثال با استفاده از کومونومرها، تغییر در استویومتری، کنترل تنوع ساختاری مانند جرم مولکولی و تغییر محتوای تعادلی آب) امکان تغییرات طراحی را برای هدف‌های مختلف در چشم فراهم می‌کند. همانطور که پیشتر بحث شد، پلیمرهای استفاده شده در زندگی روزمره مانند لنزهای تماسی از بیرون به نظر ساده می‌آیند، اما برای استفاده ایمن برای مدت زمان گسترده، باید دارای چند ویژگی اساسی باشند. میزان تراوایی، نفوذ اکسیژن، نرمی و بسیاری از ویژگی‌های دیگر

و معمولاً با لیزر یا عوامل شیمیایی درمان می‌شود (شکل ۵).



شکل ۵. IOL سیلیکونی تاشو [۱]

انواع مختلفی از لنزهای داخل چشمی جامد (سخت یا قابل تا شدن) و مایع (قابل تزریق) توسعه یافته‌اند. لنزهای داخل چشمی قابل تا شدن به برش‌های کوچکتری نیاز دارند که باعث کاهش زمان بهبود و احتمال عفونت می‌شود. مواد مختلفی مانند سیلیکون و آکریلیک برای لنزهای داخل چشمی استفاده می‌شوند و خواص نوری و مکانیکی آنها بهبود یافته است. تحقیقات جدید بر روی لنزهای داخل چشمی با قابلیت تنظیم بعد از جراحی و هیدروژل‌های قابل تا شدن نیز در حال انجام است تا عملکرد و راحتی بیشتری برای بیماران فراهم کنند [۱].

ب) جایگزین‌های زجاجیه

مواد جایگزین زجاجیه، مانند هیدروژل‌های طبیعی و سنتزی، برای جراحی‌های چشمی و بیماری‌های شبکیه مانند جداستگی شبکیه و دیابتی ضروری هستند. مواد مختلفی از جمله هیالورونیک اسید، کلاژن، و پلیمرهای سنتزی برای این مواد جایگزین مورد بررسی قرار گرفته‌اند. به طور کلی، هیدروژل‌های پلیمری به دلیل ویژگی‌های قابل تنظیمی مانند ترکیب آب، شفافیت نوری و ویسکوزیته

مراجع

- [1] M. Karayilan, L. Clamen, and M. L. Becker, “Polymeric materials for eye surface and intraocular applications,” *Biomacromolecules*, vol. 22, pp. 223–261, 2021.
- [2] J. Singh, and K. K. Agrawal, “Polymeric materials for contact lenses,” *J. of Macromolecular Sci.*, vol. 32, pp. 521–534, 1992.
- [3] P. C. Nicolson, and J. Vogt, “Soft contact lens polymers: an evolution,” *Biomaterials*, vol. 22, pp. 3273–3283, 2001.



باید بهینه شوند تا احتمال ایجاد خطرات مانند نابینایی را کاهش دهند. به علاوه، لنزهای تماسی با مواد کاربردی یا حسگرهای بی‌سیم ترئین شده‌اند تا لنزهای تماسی با فعالیت درمانی یا برای تشخیص‌های چشمی ایجاد شود، از جمله اندازه‌گیری دمای چشم، فشار داخل چشم، سطح گلوکز و pH چشم. پیشرفت‌های در تکنولوژی و الکترونیک امکان تولید تراشه‌ها و ترانزیستورهای الکترونیکی به اندازه میکرون را فراهم می‌کند، که به آسانی می‌توانند در لنزهای تماسی جای داده شوند. چنین لنزهای هوشمندی ممکن است در آینده، دید در شب را بهبود دهند، تغییرات سیستمی را اعلام کنند (به عنوان مثال با پیگیری میزان گلوکز در اشک)، کورنگی را درمان کنند و امکان بررسی ایمیل‌های خود را از طریق نمایشگرهای جاسازی شده در لنزهای تماسی فراهم کنند. قرنیه و صلبیه بیرونی‌ترین قسمت‌های چشم هستند و به طور مداوم با شرایط خارجی در تماس هستند. تغییر غیرمنتظره در محیط می‌تواند به آسیب دیدن سطح چشم منجر شود که می‌تواند تیزبینی را کاهش دهد یا به مشکلات جدی دیگری در چشم منجر شود. ویژگی‌ها و ترکیبات قرنیه و سکلرا می‌توانند با استفاده از مواد پلیمری مصنوعی مدل سازی شوند.



درمان تومور گلیوما با استفاده از حامل‌های پلیمری

h_heydrinasab@aut.ac.ir

◀ هلیا حیدری نسب

شده‌اند. این مولکول‌های بیوتراپی (مانند عوامل شیمی‌درمانی، اسیدهای نوکلئیک، پپتیدها یا عوامل تصویربرداری) را قادر می‌سازند تا بدون ایجاد اختلال در عملکرد طبیعی مغز به BBB نفوذ کنند. اگرچه BBB ممکن است منع از انتقال داخل مغزی داروهای شیمی‌درمانی شود. محدودیت عمده درمان MG در مقاومت بالای آن به شیمی‌درمانی نهفته است. به عنوان مثال، داروی شیمی‌درمانی متداول (TMZ temozolamide) در تقریباً ۷۵% تا ۶۰% از بیماران مبتلا به MG بی‌اثر است زیرا تومورهای MG پاسخگو یا مقاوم نیستند.^۴ پلی فپروسان^{۲۰} با بیس کلرواتیل نیتروزوره^۳ (BCNU که کارموستین نیز نامیده می‌شود) در حال حاضر تنها ایمپلنت مورد استفاده بالینی برای تحويل موضعی BCNU به گلیوماهای با درجه بالا پس از برداشتن تومور است.^[۲]

تحويل داروها در سراسر BBB برای درمان تومورهای مغزی به دلیل نفوذپذیری ضعیف عوامل درمانی که عمدهاً ورود همه مولکول‌های بزرگ و بیش از ۹۸ درصد مولکول‌های کوچک داروها را به بافت مغز محدود می‌کند، به یک مشکل نگران‌کننده اصلی تبدیل شده است. بنابراین حامل‌های پلیمری به شدت مورد توجه هستند.^[۳] حامل‌های پلیمری، به ویژه حامل‌های نانومقیاس، در سال‌های اخیر به دلیل مزایایی مانند ظرفیت بارگیری دارو بالا، تلاش‌های متعددی برای رساندن داروها به صورت

گلیوما یکی از شایع ترین تومورهای بدخیم مغزی است. گلیوماهای بدخیم ماهیتی ناهمگن دارند که طیف وسیعی از ناهنجاری‌های ژنتیکی را نشان می‌دهند(شکل ۲). علاوه گلیوما شامل سرددره، اختلالات عصبی کاتونی و تشنج است که بسته به محل تومور متفاوت است. قرار گرفتن طولانی‌مدت در معرض عوامل خطر محیطی مانند پرتوهای یونیزان، پذیرفته شده‌ترین دلیل برای بروز گلیوم است. بنابراین نیاز به استراتژی درمانی مناسب دارد. درمان‌های فعلی برای درمان گلیوما مانند جراحی، پرتودرمانی و شیمی‌درمانی در دستیابی به نتایج رضایت‌بخش شکست خورده‌اند و نیاز به توسعه سیستم‌های جدید دارورسانی است.^[۱] درمان گلیوما توسط جراحی به دلیل ماهیت نفوذی آن در پارانشیم طبیعی مغزی اطراف آن را ضریب نیست.^{[۱][۲]} و منجر به عود تومور پس از جراحی می‌شود.^[۱] روش شیمی‌درمانی جهت تحويل سیستماتیک دارو به مغز نیز به دلیل تجمع کم داروها در محل تومور و عوارض جانبی مضر آن‌ها ناکارآمد بود. سد خونی مغزی یک لایه از غشاهاي خاص و فرآيندهای سلولی^۱ است که به منظور جلوگیری از عبور مواد ناخواسته از جریان خون به بافت‌های مهم و ارزشمند مغز طراحی شده است. BBB دسترسی اکثر عوامل درمانی و تشخیصی به بافت مغز را مسدود می‌کند. وکتورهای نانومقیاس با ویژگی‌های منحصر به فرد برای تعامل با سلول‌های تشکیل دهنده BBB در مولکول‌های طراحی

^۱ Blood-Brain Barrier (BBB) ^۲ myasthenia gravis

^۳ Polifeprosan 20

^۴ bis-chloroethylnitrosourea



(۴) در مغز، شیمی درمانی بین سلولی سد خونی مغزی را دور زد و ممکن است سمیت سیستماتیک را به حداقل برساند.

(۵) شیمی درمانی بین سلولی موثرتر از درمان سیستماتیک در مهار رشد تومور بود.

سایر کاربردهای پلیمر برای درمان تومورهای مغزی در حال توسعه هستند. به عنوان مثال، اکنون نشان داده شده است که پلیمرها می‌توانند دگزامتاژون را با استفاده از کوپلیمر اتیلن وینیل استات^{۱۱} به طور ایمن در مغز آزاد کنند. کاربردهای دیگر شامل کاشت پلیمرهای آگسته به هپارین و کورتیزون و سایر مهارکنندهای رگ زایی است که نشان داده شده است در برابر تومورهای مغزی موثر هستند. در نتیجه، نشان داده شد که می‌توان از پلیمرها برای رهاسازی داروها به شیوه‌ای کنترل شده به طور مستقیم به مغز و دور زدن سد خونی مغزی استفاده کرد. نشان داده شده است که پلیمرها وسیله‌ای مطمئن و موثر برای آزادسازی عوامل شیمی درمانی برای درمان تومورهای مغزی هستند^[۴].

دارورسانی موضعی

سیستم‌های تحويل موضعی می‌توانند BBB را دور بزنند و سمیت سیستماتیک را کاهش دهند و غلظت درمانی را در محل مورد نظر به میزان قابل توجهی افزایش دهنند. مقاومت شیمیابی عمدتاً به افزایش جریان عوامل از بین برنده تومور نسبت داده می‌شود که منجر به کاهش مخزن داروی داخل سلولی

موضعی در مغز صورت گرفته است. در سال ۱۹۶۳، اواما^۴ از یک مخزن زیر جلدی متصل به یک کاتتر برای دسترنسی استریل از طریق مایع نخاعی مغزی بطنی و توده‌های تومور استفاده کرد. فولکمن^۵ و همکاران توансند مواد بیهوشی با وزن مولکولی کم را از طریق لاستیک سیلیکون به مغز برسانند. روزنبلوم^۶ و همکاران و اوئنو^۷ و همکارانش استفاده از سیلیکون را برای تحويل عوامل شیمی درمانی گزارش کردند. در سال ۱۹۸۷، بوویه^۸ و همکاران از تحويل مستقیم دارو در تومورهای مغزی از طریق کاترهای مزمون کاشته شده استفاده کردند. مشکل این سیستم‌ها این است که یا شامل ایمپلنت های دائمی می‌شوند یا از تخریب دارو محافظت نمی‌کنند. برای حل این مشکلاتی نظری دور زدن سد خونی مغزی و در نتیجه افزایش غلظت داروها در مغز و به حداقل رساندن قرار گرفتن در معرض سیستماتیک، به دنبال روشی برای ترکیب یک دارو در پلیمرهای زیست تخریب پذیر بود. این پلیمرها را می‌توان برای آزادسازی داروها برای دوره‌های زمانی مختلف از روز تا سال فرموله کرد. آب گریزی شدید دارو را از تخریب محافظت می‌کرد^[۴].

از مطالعات پیش بالینی نتیجه گرفته شد که:

(۱) حامل‌های پلیمری زیست سازگار با مغز بودند.
 (۲) حامل‌های پلیمری می‌توانند بیس(۲-کلرواتیل)-۱-نیتروزوریا^۹ (BCNU) را به روشی کنترل شده تدریجی آزاد کنند.

(۳) تحويل بین سلولی داروهای ضد نئوپلاستیک^{۱۰} منجر به دوز بالای دارو محدود به محل آسیب شد.

^۴ Ommaya

^۵ Bouvier

^۶ Folkman

^۷ bis(2-chloroethyl)-1-nitrosourea

^۸ Rosenblom

^۹ antineoplastic

^{۱۰} Ueno

^{۱۱} Ethylene vinyl acetate



ایجاد کند. چهارم، باید مراقب بود که از عوارضی مانند عفونت و تشنج در حین کاشت جلوگیری شود. فناوری های مختلفی در توسعه ایمپلنت های پلیمری حاوی دارو برای درمان MG، از جمله الکتروریسی، الکترواسپری، امولسیون سازی-تبخیر حلal به کار گرفته شده است [۲].

درمان های تک عاملی

BCNU به عنوان موثرترین شیمی درمانی سیستماتیک برای MG در نظر گرفته می شود و به طور گسترده برای شیمی درمانی موضعی استفاده می شود. برخی از عوامل شیمی درمانی که نمی توانند به طور موثر از طریق عبور کنند در پلیمرهایی برای شیمی درمانی MG بین سلولی گنجانده شده اند. این عوامل شیمی درمانی مانند دوکسوروبیسین^{۱۲}، راپامایسین^{۱۳} و بوکلاذین^{۱۴} برای درمان موثر سرطان های غیر از MG استفاده شده اند [۲].

درمان های چند عاملی

به دلیل ناهمگونی سرطان، درمان با یک عامل منفرد معمولاً برای سرکوب رشد و متاستاز سرطان کافی نیست. برای کاهش مقاومت شیمی درمانی، مطالعات چندین عامل شیمی درمانی با مکانیسم های مختلف مهار کننده تومور را بررسی کرده اند. عواملی که شامل عوامل شیمی درمانی، عوامل ضد رگ زایی^{۱۵}، سیتو توکسین^{۱۶} و پپتیدها هستند، به طور همزمان برای سیستم اینمی

می شود. پزشکان می توانند با افزایش غلظت داروی ضد سرطان در بافت هدف، اثربخشی درمانی را بهبود بخشنده و از مقاومت شیمیایی جلوگیری کنند. پلیمرهای مختلف، از جمله پلیمرهای طبیعی، پلیمرهای مصنوعی، و کوپلیمرهای، به عنوان وسائل نقلیه دارویی برای دستیابی به رهاسازی پایدار مولکول های درمانی در مناطق مورد نظر استفاده شده اند. ویژگی های آزادسازی دارو به شدت به ویژگی های فیزیکی و شیمیایی پلیمرهای مورد استفاده و برهمنکش آن ها با ترکیبات درمانی وابسته است. برای تقویت پاسخ های درمانی و جلوگیری از سمیت دارو، شیمی درمانی ممکن است به صورت موضعی انجام شود. برای درمان تومورهای بد خیم مغز، پزشکان از روش بین سلولی استفاده کرده اند. شیمی درمانی، که در آن عوامل شیمی درمانی مستقیما در محل تومورها تجویز می شوند. غلظت دارو را در بافت مغز افزایش داده و افزایش می دهد، بنابراین BBB را دور می زند و سمیت سیستماتیک را به حداقل می رساند. پزشکان باید چهار نکته کلیدی زیر را هنگام کاشت سیستم های دارورسانی مبتنی بر پلیمر در CNS به خاطر بسیارند. ابتدا، ایمپلنتی با حجم کم باید انتخاب شود تا از ایجاد اثر توده در هنگام وارد شدن به پارانشیم مغز یا نخاع جلوگیری شود. دوم، ایمپلنت حاوی دارو با کمترین سمیت انتخاب شود تا از آسیب به سلول های عصبی عملکردی جلوگیری شود. سوم، ایمپلنت باید به گونه ای کاشته شود که کمترین واکنش التهابی را

^{۱۲} doxorubicin

^{۱۳} rapamycin

^{۱۴} bucladesine

^{۱۵} antiangiogenic agents

^{۱۶} cytotoxin

کرد. سطح آن‌ها با لیگاندھای گیرندهای هدف موجود در سد خونی مغز^{۱۷} (BBB) برای تحويل دقیق داروها به بافت تومور با کاهش عوارض جانبی برای سلول‌های سالم اطراف آن‌ها اصلاح می‌شود. استراتژی‌های هدف‌گیری مختلفی گیرنده واسطه^{۱۸}، با گیرنده ناقل^{۱۹}، با واسطه سطح جذبی و جذب روی سطح حامل، و سایر روش‌های فیزیکی برای درمان بیماری‌های مغزی هستند. در میان آن‌ها، اندوسیتوز^{۲۰} با گیرنده واسطه شده یکی از رویکردهای اصلی برای هدف قرار دادن گلیوم با استفاده از انواع مختلف گیرنده‌ها مانند ترانسفرین^{۲۱}، لاکتوفرین^{۲۲}، انسولین، گیرنده لیپوپروتئین با چگالی کم^{۲۳} و فاکتورهای رشد اندوتیال^{۲۴} موجود در BBB است[۱].

پلیمرزومها با خودآرایی^{۲۵} کوپلیمرهای بلوك دارای دو بلوك که از دو یا بیشتر از دو بلوك تهیه شده‌اند، تشکیل می‌شوند. بخش آبگریز کوپلیمر عمده‌اً از پلیمرهایی مانند پلی‌اتیل اتیلن^{۲۶} (PEE)، پلی‌بوتادین^{۲۷} (PBD)، پلی‌دی متیل سیلوکسان^{۲۸} (PDMS) و پلی‌استایرن (PS) تشکیل شده است که غیرقابل تجزیه زیستی هستند اما پلی‌لاکتیک اسید^{۲۹} (PLA)، و پلی-کاپرولاکتون^{۳۰} زیست تخریب پذیر هستند. بخش آبدوست توسط پلی‌اتیلن گلیکول^{۳۱} (PEG) پلی‌اسید اکریلیک^{۳۲} (PAA) و پلی‌ال-گلوتامیک اسید^{۳۳} (PGA) تشکیل می‌شود. PEG معمولاً به عنوان بلوك آبدوست استفاده می‌شود، زیرا باعث ایجاد ویژگی عدم جذب پروتئین‌های موجود در خون در لایه‌های سطحی می‌شود. این بلوك‌های آبدوست و آبگریز از ترکیب‌های مختلف

و ژن درمانی تجویز شده‌اند. مطالعات نشان داده‌اند که تحويل همزمان مولکول‌های بیوتراپی مختلف با ویژگی‌های فیزیکی و شیمیابی مختلف به محل‌های تومور، دوز مورد نیاز عوامل شیمی‌درمانی را کاهش می‌دهد و اثرات درمانی هم افزایی را در درمان سرطان‌ها به دست می‌آورد، در نتیجه عوارض جانبی مرتبط با دوز را به حداقل می‌رساند و مقاومت دارویی را به تأخیر می‌اندازد[۲].

پلیمرزوم‌ها حامل‌های جدید دارو با عملکردهای متنوعی مانند پایداری افزایش یافته، نفوذپذیری کم، ویژگی‌های غشای قابل تنظیم و زمان طولانی گرددش خون هستند که آن‌ها را برای درمان سرطان مناسب می‌کند. این مواد وزیکول‌های دولایه‌ای هستند که قادر به کپسوله کردن داروهای آبدوست و آبگریز هستند که برای هدف قرار دادن گلیوم به طور موثر استفاده می‌شوند[۱].

پلیمرزوم‌ها از کوپلیمرهای بلوك آمفیفیل مصنوعی حاوی بلوك‌های آبدوست و آبگریز تشکیل می‌شوند که می‌توانند داروهای آبدوست و آبگریز را به طور موثر در خود محصور کنند. پلیمرزم‌ها از همه جنبه‌ها نسبت به لیپوزوم‌ها دارای ثبات کلونیدی بهتر، پایداری مکانیکی افزایش یافته، ظرفیت بارگیری دارو بالا، زمان گرددش خون طولانی، نشت کمتر دارو و قابلیت ذخیره سازی بیشتر هستند[۱].

پلیمرزوم‌ها به دلیل توانایی آن‌ها در هدف قرار دادن مغز به عنوان حامل‌های دارویی برای هدف قرار دادن گلیوم انتخاب می‌شوند. با تنظیم طول بلوك‌های کوپلیمر می‌توان خواص این مواد را تنظیم

^{۱۷} blood-brain barrier ^{۱۸} receptor-mediated ^{۱۹} carrier-mediated ^{۲۰} adsorption-mediated ^{۲۱} endocytosis ^{۲۲} transferrin ^{۲۳} lactoferrin ^{۲۴} insulin ^{۲۵} lipoprotein low density ^{۲۶} poly(dimethylsiloxane) ^{۲۷} self-assembly ^{۲۸} poly(ethyl ethylene)



^{۲۹} poly(butadiene) ^{۳۰} poly(styrene) ^{۳۱} poly(lactide) ^{۳۲} poly(ϵ -caprolactone) ^{۳۳} poly(ethylene glycol) ^{۳۴} poly(acrylic acid) ^{۳۵} poly(L-glutamic acid)

تشکیل شده و سپس با استفاده از فرآیند سانتریفیوژ خالص می‌شوند. بنابراین پلیمرزم‌ها از خودآرایی کوپلیمرها به دلیل کاهش کشش سطحی بین بلوك آبگریز و فاز آبی تشکیل می‌شوند. توزیع اندازه ذرات و بهینه سازی آن‌ها به انتخاب حلال آلی، ترکیبات پلیمری و ترتیب افزودن بستگی دارد. در روش رهیدراتاسیون پلیمر، کوپلیمر به یک حلال آلی اضافه می‌شود و سپس با تبخیر حلال، لایه نازکی تشکیل می‌شود. سپس فیلم با افزودن فاز آبی به آن هیدراته می‌شود. پس از هیدراتاسیون، آب در لایه‌های پلیمری که توسط نیروهای هیدراتاسیون هدایت می‌شوند نفوذ می‌کند و برآمدگی‌هایی را تشکیل می‌دهد که پس از جدا شدن از سطح، حامل را تولید می‌کنند. پلیمرزوم‌های تشکیل شده از این روش دارای توزیع اندازه وسیعی هستند که اندازه‌های مختلف آن‌ها با استفاده از فیلترهایی با اندازه منافذ مختلف جدا می‌شود. به طور کلی، تشکیل پلیمرزوم‌ها عمدتاً به عواملی مانند روش تهیه، غلظت پلیمر و انواع مختلف حلال آلی مورد استفاده و نسبت پلیمر به فاز آبی بستگی دارد. دو روش پرکاربرد سوئیچینگ حلال برای تهیه پلیمرزوم‌ها، روش‌های تبخیر امولسیونی حلال و نانو رسوب هستند^[۱].

تکنیک تبخیر امولسیونی - حلال

این تکنیک عمدتاً مبتنی بر امولسیون کردن حلal‌های آلی غیرقابل اختلاط آب حاوی دارو و پلیمر به فاز آبی (با سورفتانت) برای تشکیل ذرات کوچک در هنگام حذف حلال آلی با تبخیر تحت فشار

می‌توانند پلیمرزوم‌های حاوی کوپلیمرهای مختلف را تشکیل دهند. انواع ساختارها شامل ساختارهایی مانند AB دوبلوک، ABA یا BAB سه بلوكه و چند بلوك، بلوك شاخه‌ای، بلوك ستاره شکل و بلوك پیوندی که در آن A نشان دهنده بلوك آبگریز و B نشان دهنده بلوك آبدوست است. عدم توانایی کوپلیمرها در زیست تخریب‌پذیری و زیست‌سازگاری، استفاده از آن‌ها را برای درمان‌های *in vivo* محدود می‌کند که منجر به ایجاد وزیکول‌هایی می‌شود که محتويات محصور شده یعنی داروها را به طور کامل تجزیه و آزاد می‌کنند. وجود بلوك قابل هیدرولیز مانند کوپلیمرهایی مانند پلی(اتیلن اکسید) - بلوك، پلی(اسید لاکتیک) (PEO-b-PLA) یا پلی(اتیلن اکسید)-بلوك و پلی(کاپرولاکتون) (PEO-b-PCL) استفاده شد که محتويات خود را با انجام تجزیه هیدرولیتیک^{۳۷} درون سلولی آزاد می‌کنند. وزیکول‌های کاملاً زیست تخریب پذیر نیز با استفاده از کوپلیمرهای بلوك پلی پپتیدی^{۳۸} تهیه می‌شوند^[۱].

روش تهیه پلیمرزوم‌ها

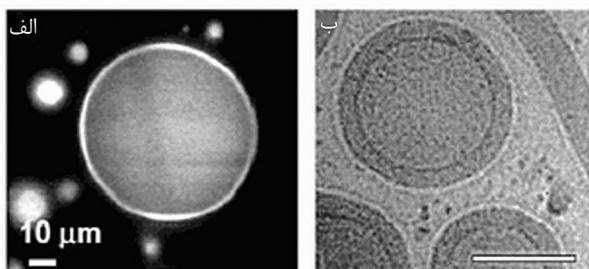
در میان بسیاری از تکنیک‌های مورد استفاده برای تهیه پلیمرزوم‌ها، دو روش مهم که در اینجا به صورت کلی مورد بحث قرار می‌گیرند، تکنیک‌های سوئیچینگ حلال^{۳۹} و رهیدراتاسیون مجدد پلیمر^{۴۰} هستند^[۵۹-۶۳]. در تکنیک سوئیچینگ حلال، پلیمرزوم‌ها با افزودن کوپلیمرهای بلوكی به حلال آلی که پلیمر در آن محلول است، تهیه می‌شود و سپس فاز آلی به آرامی به فاز آبی (یا) بر عکس اضافه می‌شود. در نهایت، پلیمرزوم‌ها با تبخیر حلال

^{۳۷} hydrolytic
^{۳۸} polypeptides



^{۳۹} solvent-switching
^{۴۰} Polymer rehydration techniques

استفاده از روش میکروسکوپی نوری با نگهداری آن‌ها در بافر آبی بدون خشک شدن یا نشانه‌دار شدن تحت شرایط فیزیولوژیکی مشاهده می‌شوند. وضوح و بزرگنمایی محدود این روش میکروسکوپی، تجسم ذراتی را که اندازه آن‌ها کمتر از ۱ میلی‌متر است، محدود می‌کند. ذرات با اندازه بالای ۱ میلی‌متر برای مطالعات ارجح هستند، در حالی که اندازه ذرات کمتر از ۱ میلی‌متر را می‌توان به راحتی با وضوح بالا با استفاده از میکروسکوپ الکترونی عبوری^{۴۱} (TEM) بررسی کرد. میکروسکوپ نیروی اتمی (AFM) بیشتر برای تعیین ساختار پلیمرزوم‌ها به روش سه بعدی استفاده می‌شود. میکروسکوپی اسکن لیزری کانفوکال^{۴۲} (CLSM) یکی از ابزارهای مهم برای خصوصیات مورفولوژیکی پلیمرزوم‌ها است (شکل ۳) [۱].



شکل ۳: تصویر CLSM از پلیمرزوم‌ها با افزودن محلول PEG-PLA در کلروفرم به PBS در حضور قرمز نیل به عنوان پروب فلورسنت تهیه شده است. (ب) تصویر Cryo-TEM از پلیمرزوم‌ها بر اساس PEG-PBD. هسته آبرگیز PBD نواحی تیره تراست [۱].

اصلاح سطح پلیمرزوم‌ها برای عبور از سد خونی مغزی و هدف قرار دادن گلیوما

پلیمرزوم‌های عامل دار شده سطحی یا کثروگهشده^{۴۳} با قسمت‌های مورد هدف، آن‌ها را برای رسیدن به محل عمل با عبور از BBB

کاهش یافته است. دو نوع روش تبخیر امولسیون-حلال وجود دارد، یعنی روش تبخیر حلال تک امولسیونی W/O (روغن در آب^{۴۴}) و روش تبخیر حلال دو امولسیونی W/O/W (آب در روغن در آب^{۴۵}). تکنیک امولسیون دوگانه (W/O/W) برای بارگذاری موثر داروهای آبدوست به ویژه برای پروتئین‌ها و پپتیدها استفاده می‌شود [۱].

تکنیک رسوب نانو^{۴۶}

این روش شامل حل کردن دارو و پلیمر در یک حلال آلی است که قابل اختلاط یا غیر قابل اختلاط با آب است. فاز آلی به آرامی به صورت قطره‌ای به فاز آبی حاوی سورفتانت تحت هم زدن مغناطیسی اضافه می‌شود. در نهایت، پلیمرزوم‌هایی که پس از تبخیر حلال تحت فشار کاهش یافته تشکیل می‌شوند، جدا شده و خالص می‌شوند [۱].

خصوصیات پلیمرزوم‌ها

اندازه ذرات و توزیع اندازه ذرات پلیمرزوم‌ها عمدتاً با استفاده از روش پراکندگی نور تعیین می‌شود. این تکنیک همچنین در مطالعه غلظت تجمع بحرانی^{۴۷} (CAC)، اثر pH بر اندازه ذرات و مورفولوژی مفید بوده است. پلیمرزوم‌ها را می‌توان مستقیماً با استفاده از تکنیک‌های میکروسکوپی برای تعیین ویژگی‌هایی مانند اندازه، مورفولوژی و همگنی مشاهده کرد. علاوه بر این، بررسی ذرات زیر میکروسکوپ نوری وضوح محدودی دارد در حالی که میکروسکوپ الکترونی تصاویر با وضوح بالا را نشان می‌دهد اما نمونه‌ها باید خشک، نشانه‌دار و منجمد شوند. پلیمرزوم‌ها مستقیماً با

⁴¹ oil in water

⁴² water in oil in water

⁴³ Nanoprecipitation technique

⁴⁴ critical aggregation concentration

⁴⁵ transmission electron microscopy

⁴⁶ Confocal laser scanning microscopy ⁴⁷ conjugated



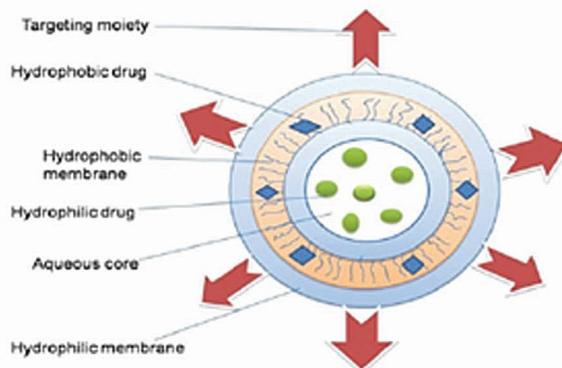
۴۸ گیرنده فولات

فولات یکی از رایج ترین لیگاند های مورد استفاده برای رویکرد دارورسانی هدفمند است که با میل ترکیبی بالا به گیرنده های غشای فولات متصل می شود. گیرنده های فولات در بسیاری از سرطان ها مانند سرطان های تخمدان، سرطان رحم، تومور های مغزی و لنفوم های غیر هوچکین به شدت دیده می شوند. گیرنده های فولات دیده شده در شبکه مشیمیه تا حد زیادی در سمت مغزی سد خونی مغزی قرار دارند که آن ها را برای هدف قرار دادن سیستم های دارورسانی کوژنگه با لیگاند غیرقابل دسترس می کند. بنابراین، لیگاند فولات برای هدف قرار دادن سلول های سرطانی مغز که در آن گیرنده فولات به شدت دیده می شود استفاده می شود، اما علاوه بر آن به لیگاند های دیگری نیز نیاز دارد که عبور از BBB را تسهیل می کنند [۱].

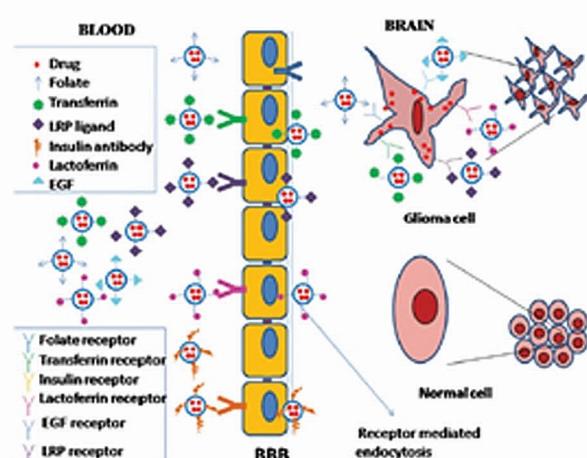
گیرنده ترانسفرین

گیرنده ترانسفرین^{۴۹} (Tf) یک گلیکوپروتئین غشایی است و یکی از رایج ترین گیرنده های مورد استفاده برای هدف قرار دادن تومور های مغزی است. جذب آهن عمده از طریق این گیرنده انجام می شود که به شدت توسط مویرگ های مغز دیده می شود و سطح غیر طبیعی از آن وجود دارد. گیرنده ترانسفرین بر روی بسیاری از سلول های تومور بیش از حد قرار می گیرد که هدف قرار دادن سلول های تومور را با کوژنگه کردن ترانسفرین در سیستم دارورسانی نانو برای درمان موثر امکان پذیر می کند [۱].

هدایت می کند و اثر درمانی بهتری دارد. اصلاح پلیمرزوم ها با لیگاند های فعال زیستی باعث می شود آن ها گیرنده های خاص روز مغز و همچنین محل بیماری را هدف قرار دهند و عوارض جانبی را به حداقل برسانند (شکل ۴). شکل ۵ نشان دهنده گیرنده هایی است که در سراسر BBB و روی سلول های گلیوما وجود دارند. این بخش بر روی انواع مختلف گیرنده ها برای هدف قرار دادن BBB و گلیوما با استفاده از پلیمرزوم ها به عنوان حامل دارو تمرکز خواهد کرد [۱].



شکل ۴: نمایش پلیمرزومی عاملدار سطحی بارگیری شده با داروهای آبگریز و آبدوست [۱]



شکل ۵: گیرنده های موجود در سراسر BBB و روی سلول های گلیوما [۱].

^{۴۸} Folate

^{۴۹} Transferrin

گیرنده انسولین

این گیرنده‌ها به سه ناحیه شامل یک ناحیه اتصال لیگاند خارج سلولی، یک ناحیه فعالیت تیروزین کیناز درون سلولی و یک منطقه لنگر بین غشایی تقسیم می‌شود. HER2 هیچ لیگاند شناخته شده‌ای برای فعال سازی ندارد، اما اغلب توسط عملکرد مشترک گیرنده مشترک خود فعال می‌شود و شباهت ساختاری با مشترک HER1 نشان می‌دهد. HER3 و HER4 نیز ساختاری مشابه با HER1 دارند، اما فاقد فعالیت ذاتی تیروزین کیناز (برای HER3) هستند که منجر به شروع سیگنال تنها با وابستگی به گیرنده‌های دیگر خانواده HER می‌شود. EGFR یک گیرنده فاکتور رشد اپیدرمی انسانی است که متعلق به خانواده تیروزین کیناز است EGFR در بیماران گلیوما سطح بالا و غیرطبیعی دارد. EGF نمی‌تواند در سراسر BBB منتقل شود، مگر اینکه که این پتید همراه با لیگاند دیگری که به عبور از BBB کمک می‌کند، کوژنزوگه شود [۱].

نتیجه گیری

بنابراین درمان تومورهای مغزی گلیوما همچنان یک چالش بزرگ در پزشکی است. درمان‌های موجود شامل جراحی، پرتودرمانی و شیمی‌درمانی هستند که در کنار عوارض جانبی، اثربخشی محدودی دارند. در سال‌های اخیر، استفاده از مواد پلیمری برای درمان این نوع تومورها مورد توجه قرار گرفته است. این مواد پلیمری می‌توانند به طور مؤثری دارو را به سمت تومور هدایت کرده و آزادسازی آن را در محل مورد نظر کنترل کنند. مطالعات انجام شده نشان داده است که پلیمرهای طبیعی و مصنوعی مختلفی از جمله

گیرنده انسولین موجود بر روی غشای مجرای سلول های اندوتیال^۵ مویرگی مغز و غشای پلاسمایی سایر سلول های مغزی، مسیری مؤثر برای تحويل داروی هدفمند از طریق اندوسیتوز با گیرنده واسطه است. گیرنده انسولین یک گلیکوپروتئین غشایی است که حاوی دو زیرواحد α و دو زیرواحد β که توسط پیوندهای دی سولفیدی به هم متصل شده و یک ساختار استوانه ای شکل می‌دهند. اتصال به انسولین با فعال کردن تیروزین کیناز^۶ باعث ایجاد یک تغییر ساختاری می‌شود که درونی‌سازی گیرنده را تسهیل می‌کند. گیرنده انسولین موجود بر روی غشای پلاسمایی سلول‌های اندوتیال مویرگی مغز و غشای پلاسمایی سایر سلول‌های مغزی، مسیری مؤثر برای تحويل داروی هدفمند از طریق اندوسیتوز با گیرنده واسطه است. گزارش شده است که گیرنده انسولین را می‌توان برای تحويل داروی هدفمند به مغز با استفاده از آنتی بادی‌های خاص که نانوذرات را به محل اثر هدایت می‌کند، استفاده کرد [۱].

هدف گیری گیرنده فاکتور رشد اپیدرمی

خانواده گیرنده HER گیرنده تیروزین کینازها^۵ (RTKs) عمدها از چهار گیرنده تشکیل شده است: (۱) گیرنده فاکتور رشد اپیدرمی (EGFR)، همچنین به عنوان HER1 یا erbB-1 شناخته می‌شود، (۲) HER2 (همچنین به عنوان erbB-2 یا Neu یا erbB-3 شناخته می‌شود) (۳) HER4 (همچنین به عنوان erbB-4 شناخته می‌شود) و (۴) همچنین به عنوان erbB-4 شناخته می‌شود). ساختار

^۵ tyrosine kinase



^۶ tyrosine kinases

- [3] G. C., O. A., W. J.D., L. H.C., and B. H., “Recent advances in brain tumor therapy: Local intracerebral drug delivery by polymers,” *Invest. New Drugs*, vol. 22, no. 1, pp. 27–37, 2004, [Online]. Available: <http://ovidsp.ovid.com/ovidweb.cgi?T=JS&P AGE=reference&D=emed6&NEWS=N&AN =2004072438>
- [4] H. Brem, “Polymers to treat brain tumours,” *Biomaterials*, vol. 11, no. 9, pp. 699–701, 1990, doi: 10.1016/0142-9612(90)90030-T.

پلی‌لاکتیک اسید، پلی‌کاپرولاتون و هیدروژل‌ها می‌توانند به عنوان سیستم‌های دارورسانی برای درمان گلیوما مورد استفاده قرار گیرند. این مواد پلیمری قادر به انتقال دارو به محل تومور هستند. نتایج مطالعات نشان می‌دهد که استفاده از سیستم‌های دارورسانی پلیمری می‌تواند اثربخشی درمان را افزایش داده و عوارض جانبی را کاهش دهد. با این حال، همچنان نیاز به تحقیقات بیشتر برای بهینه سازی حامل‌های پلیمری و ارزیابی طولانی مدت ایمنی و کارایی آن‌ها وجود دارد. در مجموع، استفاده از مواد پلیمری به عنوان سیستم‌های دارورسانی امیدوارکننده و مؤثر برای درمان گلیوما به نظر می‌رسد و می‌تواند به پیشرفت در این زمینه کمک کند.

مراجع



- [1]B. Krishnamoorthy, V. Karanam, V. R. Chellan, K. Siram, T. S. Natarajan, and M. Gregory, “Polymersomes as an effective drug delivery system for glioma - A review,” *J. Drug Target.*, vol. 22, no. 6, pp. 469–477, 2014, doi: 10.3109/1061186X.2014.916712.
- [2]Y. Y. Tseng, T. Y. Chen, and S. J. Liu, “Role of polymeric local drug delivery in multimodal treatment of malignant glioma: A review,” *Int. J. Nanomedicine*, vol. 16, pp. 4597–4614, 2021, doi: 10.2147/IJN.S309937.

کاربرد بیوپلیمرها در صنایع غذایی: رهایش مواد زیست فعال به روش نانو کپسوله کردن

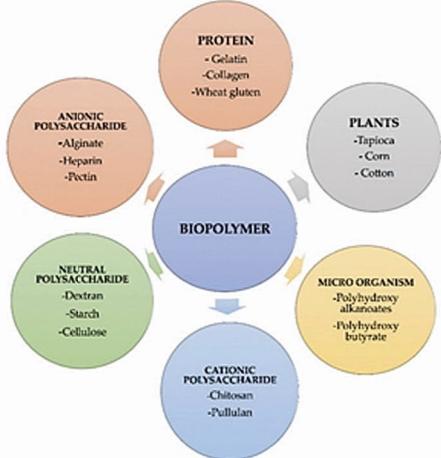
marzieghm@aut.ac.ir ◀ مرضیه غلام

مقدمه

مورد استفاده قرار می‌گیرد [۱ و ۲].

ترکیبات زیست فعال

ترکیبات زیست فعال ترکیبات فوق مغذی بوده که در مقادیر کم در غذاها یافت می‌شوند و مزایای سلامتی فراتر از ارزش غذایی اولیه محصول ارائه می‌دهند. امروزه این ترکیبات برای ارزیابی اثرات آن‌ها بر سلامت مورد مطالعه قرار گرفته‌اند و خواص فیزیولوژیکی و رفتاری و اثرات ایمنی^۱ مفیدی برای آن‌ها گزارش شده است.^۲ بیشتر ترکیبات زیست فعال دارای خواص آنتی‌اکسیدانی، ضد سرطانی، ضد التهابی و ضد میکروبی هستند و برخی از آن‌ها اثرات محافظتی بر بیماری‌های قلبی عروقی نیز دارند.^[۳]



شکل ۱. دسته بندی بیوپلیمرها بر اساس منشاء آن‌ها [۲]

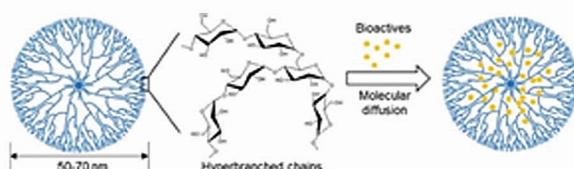
در حالی که طیف گسترده‌ای از ترکیبات زیست فعال از غذاها به دلیل کاربردهای آزمایشگاهی شناخته شده‌اند،

^۱Immunological Effect

صنایع غذایی همواره به دلیل استفاده از روش‌های تولید، مواد و استراتژی‌های تصفیه غیرقابل تجزیه، غیر سازگار با محیط زیست و سمی مورد انتقاد قرار گرفته و نگرانی اصلی آلودگی پلاستیک است. پلاستیک‌های درجه غذایی مانند پلی‌اتیلن ترفتالات، پلی‌پروپیلن، پلی‌اتیلن با چگالی بالا و کم و پلی‌کربنات برای استفاده با مواد قابل تماس با مواد غذایی مورد تایید سازمان غذا و دارو بوده و به علت سهولت در ساخت، عملکرد، خواص و دفع آسان، پلیمرهایی بسیار پرکاربرد هستند. با این حال، عدم زیست تخریب پذیری منجر به تجمع آن‌ها در طبیعت و در نتیجه مشکلات زیست محیطی و بهداشتی جدی می‌شود [۱]. جایگزین بهتر چنین موادی پلیمرهای طبیعی هستند که ویژگی‌هایی مشابه پلاستیک‌های معمولی دارند. این امر عرصه‌ای برای استفاده از بیوپلیمرهای خوراکی و زیست تخریب پذیر در تولید و بسته‌بندی مواد غذایی ایجاد می‌کند. این پلیمرها را می‌توان به طور کلی بر اساس منشاء به سه دسته کشاورزی، دریایی و حیوانی طبقه بندی کرد. شکل ۱، یکی از روش‌های طبقه بندی این مواد را نشان می‌دهد. چنین پلیمرهایی به عنوان مواد پوشش دهنده، فیلم‌ها و مواد بسته بندی یا مواد نگهدارنده و محافظ قابل استفاده هستند. توانایی تشکیل فیلم این پلیمرها در بسته بندی مواد غذایی و رهایش مواد فعال زیستی مانند داروها و مواد مغذی ۲ برخی از نمونه‌های ترکیبات زیست فعال عبارتند از: کاروتونیدها، فلاونونیدها، کارنبیتین، کولین، کوأنزیم کیتو، دی‌تولوتین‌ها، فیتواسترول‌ها، فیتواسترون‌ها، گلوكوزیبولات‌ها، پلی‌فنول‌ها و تورین. از آنجایی که ویتمان‌ها و مواد معدنی اثرات دارویی ایجاد می‌کنند، می‌توان آن‌ها را نیز به عنوان ترکیبات زیست فعال طبقه‌بندی کرد.



برخوردار است و باید از اینمی، کیفیت و کارایی آن‌ها هنگام استفاده در محصولات غذایی واقعی اطمینان حاصل شود. ترکیبات زیست فعال از نظر خصوصیات فیزیکی و شیمیایی متفاوت بوده و این خواص تأثیر شگرفی بر برهمکنش‌های مولکولی آن‌ها با نانومواد دارند. در نتیجه، یکی از چالش‌های اصلی در طراحی و آماده سازی نانومواد کاربردی تنظیم ویژگی‌های ساختاری آن‌ها به منظور کپسوله‌سازی و تحويل یک ترکیب زیست فعال خاص است. شکل ۳ ویژگی نانوذرات و نحوه کپسوله کردن را بیان می‌کند. خوشبختانه، غذا به عنوان یک ماتریس پیچیده از اجزای مختلف از بیopolymerهای طبیعی تشکیل شده است که پتانسیل زیادی در ساخت نانو مواد کاربردی نشان داده‌اند [۵ و ۶].



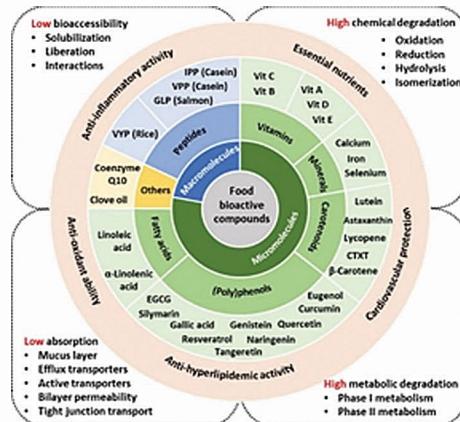
شکل ۳. شماتیک نانوذرات و مکانیسم کپسوله کردن [۶].

اگرچه ساختارهای مولکولی بیopolymerهای ناشی از مواد غذایی پیچیده‌تر و کمتر از مواد مصنوعی قابل دستکاری هستند، اما هنوز می‌توان از طریق تغییر خواص کلوئیدی آن‌ها از جمله رفتار خودآرایی، درجه واسرشتی^۳، آبگریزی و برهمکنش‌های درون مولکولی هیدروژنی، ساختارهای قوی در مقیاس نانو ساخت [۶].

بیopolymerهای پرکاربرد

شکل ۴ مونومر تعدادی از بیopolymerهای مورد استفاده در زمینه نانوتکنولوژی نشان می‌دهد. پروتئین‌ها اولین نوع پلیمرهای زیستی با منشاء غذایی هستند که با نانوتکنولوژی مورد مطالعه قرار گرفته‌اند. پروتئین‌های

سیاری از آن‌ها پس از مصرف به عنوان بخشی از مواد غذایی، چندان فعال نیستند. پایداری فیزیکی و شیمیایی این ترکیبات زیست فعال حین پردازش و ذخیره سازی به طور چشمگیری تحت تأثیر شرایط محیطی سخت قرار می‌گیرد و در عین حال عملکردهای بیولوژیکی آن‌ها اغلب توسط شرایط فیزیولوژیکی در بدن حین هضم و جذب تغییر می‌کند. شکل ۲ تعدادی از این ترکیبات و چالش‌های استفاده از آن‌ها را نشان می‌دهد [۴]. با افزایش روزافزون تقاضای غذای سالم، توجه‌ها به فناوری‌های فرآوری مواد غذایی برای توسعه محصولات غذایی جدید و کاربردی سالم‌تر و بهبودیافته جلب شده است. در این زمینه، نانوتکنولوژی به صنایع غذایی معرفی شده و به طور گسترده برای بهبود پایداری شیمی فیزیکی و کارایی بیولوژیکی ترکیبات زیست فعال که یا به طور طبیعی در غذا هستند یا در طول فرآوری غنی شده‌اند، مورد مطالعه قرار گرفته است [۵].



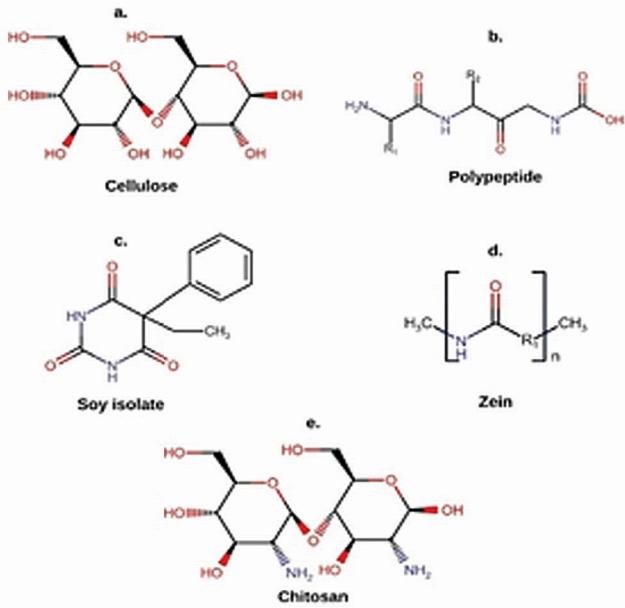
شکل ۲. فواید سلامتی ترکیبات زیست فعال مختلف از غذا چالش‌های موجود در دستیابی به فعالیت‌های بیولوژیکی آن‌ها در بدن [۴].

طراحی و تهیه نانومواد سازگار با مواد غذایی، که قادر به کپسوله کردن و رساندن دسته متنوعی از مواد مغذی به ماتریس‌های غذایی هستند از اهمیت حیاتی

^۳Denaturation Degree:

واسرتی یا دناتوره شدن مولکول زیستی به معنی از دست دادن ساختار سه‌بعدی مکرر مولکول و اختلال در عملکرد آن است.

نانوذرات زین را به طور قابل توجهی بهبود بخشدید^[۷]. چندین پروتئین دیگر در آماده سازی نانوذرات به منظور کپسوله سازی و تحويل مورد بهره برداری قرار گرفته‌اند. پروتئین سویا به دلیل ترکیب متعادل اسیدهای آمینه غیرقطبی، قطبی و باردار به خوبی شناخته شده است و می‌تواند با ترکیبات زیست فعال مختلف از طریق گروههای عاملی مختلف تعامل داشته باشد. ژل‌سازی سرد و حلزدایی^۷ دو روش رایج برای تهیه نانوذرات هستند. روش اول مبتنی بر ژل شدن ناشی از کلسیم در دمای اتاق است. روش دوم، حلزدایی، دستکاری حلالیت در آب با افزودن آهسته یک ضد حلال (مانند اتانول) است^[۷].



شکل ۴. مونومر تعدادی از بیوپلیمرها^[۷]

نمونه دیگر پلیمرهای زیستی پلی‌ساکاریدها هستند. پلی‌ساکاریدها معمولاً طبیعت آبدوست دارند و نشان‌دهنده یک کلاس متنوع از بیوپلیمرهای طبیعی بوده که متشکل از پیوندهای گلیکوزیدی مونوساکاریدها هستند. پلی‌ساکاریدها دارای گروههای عاملی فراوانی از جمله گروههای هیدروکسیل، آمین و کربوکسیلیک اسید بوده که می‌توانند برهمکنش‌های مولکولی قوی با ترکیبات زیست فعال داشته باشند^[۴]. برخلاف پروتئین‌هایی که دارای شبکه‌ای پلیمری سوم و چهارم پیچیده و انعطاف‌پذیر هستند،

پروتئین‌ها بیوپلیمرهای آمفیفیلیک^۴ هستند که از نظر بیولوژیکی بر اساس ترکیبی از اسیدهای آمینه متنوع ساخته می‌شوند. پروتئین‌ها نه تنها غیر سمی و بسیار زیست سازگار هستند، بلکه میل ترکیبی قوی به ترکیبات زیست فعال از طریق انواع برهمکنش‌های مولکولی مانند پیوندهای هیدروژنی، برهمکنش‌های آبگریز و π-π و همچنین پیوندهای دی سولفید دارند^[۴]. یکی از پروتئین‌های برگرفته از مواد غذایی که به طور گسترده مورد مطالعه قرار گرفته است زین^۵ به علت داشتن موجود در ذرت است. زین^۵ به علت داشتن ترکیب ویژه‌ای از اسیدهای آمینه آبگریز و آبدوست، حلالیت منحصر به فردی در محلول‌های الکلی آبی ۵۰ تا ۹۵ درصد دارد. مولکول‌های زین به دلیل ساختار سوم تخصصی آن با شکلی شبیه منشور با ابعاد نانو، به عنوان نانوذرات به جای مونومر در محلول اتانول آبی وجود دارند. با توجه به این ویژگی، نانوذرات زین را می‌توان به آسانی با پراکنش^۶ مایع-مایع یا با خودآرایی ناشی از تبخیر حلال تهیه کرد. روش اول مبتنی بر کاهش سریع حلالیت آن برای القای تشکیل و انجام دن نانوذرات زین است که اندازه آن به نیروی برشی و غلاظت الکل نهایی بستگی دارد. روش دوم مبتنی بر تبخیر ترجیحی یکی از حللاهای است که قطبیت محلول زین را تغییر می‌دهد و باعث خودآرایی آن می‌شود. بسته به تغییر قطبیت حللاهای زین ممکن است خود به ساختارهای نانومقیاس مختلف، از جمله کره‌ها، فازهای شش‌ضلعی، اسفنجی و لایه‌ای تبدیل شود. در مقایسه، پراکنش مایع-مایع به دلیل محصور کردن آسان مولکول‌های چربی دوست از طریق برهمکنش‌های آبگریز قوی، برای حمل و تحويل ترکیبات زیست فعال کاربرد بیشتری دارد. با یک ثابت‌کننده آبی مناسب، مانند سطح فعال مولکولی کوچک یا هیدروکلریدهای ماکромولکولی، می‌توان پایداری کلریدی

^۴ Zein

^۵ Dispersion

^۶ Dissolution

^۴ این نوع ترکیبات یک سر آبدوست و یک سر آبگریز دارند و به عنوان امولسیون ساز استفاده می‌شوند.



نتیجه‌گیری

خواص فیزیکی و شیمیایی نانوذرات تهیه شده از یک ماده زیستی منفرد، با در نظر گرفتن شرایط فیزیولوژیکی پویا و پیچیده در سراسر دستگاه گوارش، اغلب نمی‌تواند نیازهای عملی برای کاربردهای انتقال خوراکی در غذا را برآورده کند. در نتیجه، توسعه نانوذرات پیچیده یا هیبریدی که از ترکیب دو یا چند پلیمر زیستی ساخته می‌شوند، به یک حوزه نوظهور در نانوتکنولوژی مواد غذایی تبدیل شده‌اند. چنین سیستم‌هایی از نظر خواص کلوفیدی و کارآیی‌های بیولوژیکی سودمند هستند، زیرا مزایای متعددی از هر ماده زیستی ترکیب می‌کنند. علاوه بر نانوذرات پیچیده مبتنی بر بیopolymerها، نانوذرات هیبریدی بیopolymer لیپیدی اخیراً به عنوان نانوحامل توسعه یافته‌اند. چنین سیستم‌های هیبریدی از لیپید جامد به عنوان ماتریس هسته برای بهبود بیشتر کپسوله کردن و رهایش پایدار استفاده می‌کنند. به طور خاص، اطلاعات کمی در مورد سرنوشت بیولوژیکی نانوذرات هیبریدی بیopolymer لیپیدی وجود دارد زیرا مکانیسم‌های دقیق جذب آن‌ها ممکن است به میزان قابل توجهی با اجزای جداگانه آن‌ها متفاوت باشد [۷]. در حال حاضر نتایج دقیقی درباره ایمنی و سلامت بلند مدت نانو کپسوله‌سازی در سطوح سلولی، حیوانی و مهمتر از آن، بالینی و میزان اثر بخشی این مواد ارائه نشده است و نیازمند

پلی‌ساقاریدها بسته به منشاء و منابعشان، ساختار نسبتاً ساده، خطی یا شاخه‌ای داشته و این امر آماده سازی نانوساختارهای آن‌ها را ساده می‌کند [۷]. کیتوzan^۸، یک محصول استیل‌زادایی شده از کیتین، به دلیل بار سطحی مثبت منحصر به فرد آن هنگام حل شدن و پروتونه شدن در محیط آبی اسیدی و مهم‌تر از آن خاصیت چسبندگی مخاطی قوی، مورد مطالعه‌ترین پلی‌ساقارید برای دارورسانی خوراکی است. نانوذرات کیتوzan معمولاً به روش ژل یونی، از طریق برهمنکش‌های الکترواستاتیکی با آنیون های مولکولی کوچک، مانند تری پلی فسفات سدیم تهیه می‌شوند. کیتوzan همچنین می‌تواند توسط کمپلکس پلی الکتروولیت با سایر ماکرومولکول‌های پلی آنیون که ممکن است یک پلی‌ساقارید، یک پروتئین/پپتید یا یک نوکلئیک اسید باشد، به نانوذرات تبدیل شود [۷].

آلزینات یک پلی‌ساقارید است که عمدتاً از جلیکها و باکتری‌های قهقهه‌ای استخراج می‌شود و متشکل از باقی مانده‌های گولورونیک اسید^۹ و مانورونیک اسید^{۱۰} است که به طور خطی توسط پیوند گلیکوزیدی به هم مرتبط شده‌اند. این ترکیب منحصر به فرد، باعث بروز رفتار ژل شدن عالی از طریق تشکیل اتصالات عرضی یونی با کاتیون‌های چند ظرفیتی، به ویژه کلسیم، می‌شود. از سال ۱۹۷۰، هیدروژل‌ها و میکروکره‌های آلزینات، به طور گسترده برای کپسوله‌سازی ترکیبات زیست فعال برای کاربردهای غذایی و زیست‌پزشکی مورد مطالعه قرار گرفتند [۷].

^۸ Guluronic acid

^۹ Mannuronic acid



^{۱۰} کیتوzan از استیل‌زادایی کیتین با محلول غلیظ هیدروکسید سدیم در دماهای بالاتولید می‌گردد. این فرآیند با هدف حذف استیل از کیتین از طریق حرارت دادن در غلظت بالایی از محلول قلایایی قوی انجام و باعث آزاد شدن استیل (CH₃CHO) از مولکول کیتین می‌شود.

Functionality and Applications in Food Products.” Current Opinion in Colloid & Interface Science, vol. 28, Mar. 2017, pp. 96–109, <https://doi.org/10.1016/J.COCL.2017.03.006>.

[7]Luo, Yangchao, et al. “Biopolymer-Based Nanotechnology Approaches to Deliver Bioactive Compounds for Food Applications: A Perspective on the Past, Present, and Future.” Journal of Agricultural and Food Chemistry, vol. 68, no. 46, Nov. 2020, pp. 12993–3000, <https://doi.org/10.1021/ACS.JAFC.0C00277/A> SSET/IMAGES/MEDIUM/JF0C00277_0004.G IF.



تحقیقات بیشتری در این زمینه می‌باشد.

مراجع

- [1]Gupta, Ishika, et al. “Biopolymers: Implications and Application in the Food Industry.” Biocatalysis and Agricultural Biotechnology, vol. 46, Nov. 2022, p. 102534, <https://doi.org/10.1016/J.BCAB.2022.102534>.
- [2]Baranwal, Jaya, et al. “Biopolymer: A Sustainable Material for Food and Medical Applications.” Polymers, vol. 14, no. 5, Mar. 2022, <https://doi.org/10.3390/POLYM14050983>.
- [3]Hamzalioğlu, Aytül, and Vural Gökmən. “Interaction between Bioactive Carbonyl Compounds and Asparagine and Impact on Acrylamide.” Acrylamide in Food: Analysis, Content and Potential Health Effects, Jan. 2016, pp. 355–76, <https://doi.org/10.1016/B978-0-12-802832-2.00018-8>.
- [4]Anal, Anil K., et al. “Emulsion Systems Stabilized with Biopolymers to Enhance Oral Bioaccessibility and Bioavailability of Lipophilic Bioactive Compounds.” Current Opinion in Food Science, vol. 50, Apr. 2023, p. 101001, <https://doi.org/10.1016/J.COFS.2023.101001>.
- [5]Preethi, R., et al. “Biopolymer Nanocomposites and Its Application in Food Processing.” Advanced Structured Materials, vol. 126, 2020, pp. 283–317, https://doi.org/10.1007/978-981-15-3560-4_12.
- [6]Moschakis, Thomas, and Costas G. Biliaderis. “Biopolymer-Based Coacervates: Structures,

کاربرد بیوپلیمرها در تصفیه آب و فاضلاب

hsdfatemeh@gmail.com

◀ فاطمه حاج صادقی

مقدمه

شمار می‌روند. از جمله فلزات سنگین کادمیوم، آرسنیک، سرب، کروم، نیکل، جیوه، روی، نقره و مس که بسته به محدودیت‌های خاصی در بدن انسان، با شروع بیماری‌های مزمن و حتی مرگ مرتبط هستند. تاسیسات عملیات‌های معدنی، صنایع کود، دباغی، باتری سازی، صنایع کاغذ و سموم دفع آفات و غیره به عنوان مسئول تخلیه مستقیم یا غیرمستقیم فلزات سنگین در فاضلاب‌ها و محیط زیست شناسایی شده‌اند. همچنین حضور آلاینده‌های فیزیکی مثل ذرات معلق و رسوبات، و مواد معدنی و آلی دیگر موجود در آب به شدت می‌تواند حائز اهمیت باشد [۲].

انواع روش‌های تصفیه آب با بیوپلیمرها

فرآیندهای کلیدی که برای حذف آلاینده‌های جامد درشت مانند ذرات معلق و یون‌های فلزی استفاده می‌شوند، شامل روش‌های فیزیکوشیمیایی مختلف مانند رسوب شیمیایی، انعقاد، ازن زنی، جذب و تبادل یون، فیلتراسیون غشایی و فن‌آوری‌های تصفیه الکتروشیمیایی برای تصفیه فاضلاب هستند [۱].

اخیراً از پلیمرهای زیستی به عنوان مواد سازگار با محیط زیست و پایدار برای پاکسازی آب استفاده می‌شود. آن‌ها را می‌توان در اشکال مختلف (به عنوان مثال، پودر، دانه و کامپوزیت) اعمال کرده تا به طور قابل ملاحظه‌ای قلیائیت، اکسیژن مورد نیاز شیمیایی

آلودگی آب به یک موضوع عمومی تبدیل شده‌است و اکوسیستم‌ها و امنیت زندگی انسان‌ها را تهدید می‌کند. تخلیه فاضلاب از منابع صنعتی، کشاورزی و شهری دارای پیامدهای زیست محیطی قابل توجهی از جمله کاهش مواد مغذی و اکسیژن در آب است که می‌تواند بر سلامت انسان، حیات وحش و آبزیان تأثیر منفی بگذارد. حدود ۵۶ درصد از آب شیرین مورد استفاده در مصارف شهری، صنعتی و کشاورزی به عنوان فاضلاب تخلیه می‌شود و ۸۰ درصد از فاضلاب جهانی بدون نیاز به شرایط مناسب به محیط‌زیست ریخته می‌شود [۱]. انتشار نامناسب یا غیرقانونی فاضلاب صنعتی، کشاورزی و خانگی تصفیه نشده حاوی انواع آلاینده‌های آلی و معدنی، خطر بزرگی را برای سیستم‌های آبی به همراه دارد که به دلیل سمیت بالای آن‌ها، تأثیر منفی به همراه دارد [۲].

تصفیه فاضلاب شامل روش‌ها و تکنیک‌های مختلفی با هدف بازگرداندن آب مصرفی و یا آلوده شده به کیفیت مطلوب است. فرآیندهای شیمیایی، بیولوژیکی یا فیزیکی یا ترکیبی از آن‌ها پیشنهاد و پذیرفته شده‌اند تا آب را به سطح حداقلی از اثرات مضر یا خطرناک هم برای محیط زیست و هم انسان بازگردانند [۲].

انواع آلاینده‌های آب

چندین ماده به عنوان آلاینده‌های پایدار مسؤول آلودگی آب به

استفاده از پلیمرها در تصفیه آب مزایای مختلفی از جمله افزایش خروجی آب آشامیدنی، افزایش ماندگاری فیلتر، حذف آسان‌تر مواد آلی محلول و pH و رسانایی مناسب را دارد. از پلیمرهای آئیونی طبیعی مانند هپارین می‌توان برای جایگزینی پلیمرهای مصنوعی با پل زدن^۱ یون‌های منعقدکننده با ذرات از طریق افزودن منعقدکننده‌های اولیه استفاده کرد. برخی از پلیمرهای خنثی طبیعی مانند نشاسته، سلولز، ژلاتین، چسب‌ها و پلی‌ساقاریدهای میکروبی را می‌توان به عنوان منعقدکننده برای کاهش کامل رسوب و بهبود جداسازی فازها استفاده کرد [۱].

از مزایای این روش می‌توان به هزینه سرمایه‌گذاری کم، راندمان بالا و سهولت اشاره کرد که سبب می‌شود این روش بتواند به طور موثر انواع آلودگی آب از جمله کدورت، رنگ‌ها، یون‌های فلزات، سنگین، سایر ضایعات صنعتی / کشاورزی را اصلاح کند. در نتیجه، می‌توان آن را به عنوان یک فرآیند تصفیه آب بسیار مقرن به صرفه و کارآمد استفاده کرد [۱]. از طرفی این روش اگرچه روش ساده‌ای به نظر بررسد، اما مواد اضافی و تولید زباله‌های جامد سمی، کار را برای دفع آنها دشوار می‌کند [۲].

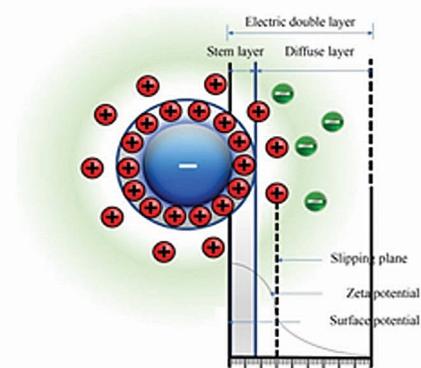
کاربرد بایوپلیمرها در فرآیند جذب سطحی

جذب یک فرآیند سطحی است که در آن گونه‌های جاذب از فاز مایع به سطح جاذب مهاجرت می‌کنند. این روش می‌تواند به طور موثر برای انتقال آلاینده‌ها از فاضلاب و تمرکز آن‌ها بر روی سطح جاذب استفاده شود. مطابق شکل ۲ گرادیان غاظت بین مایع و جاذب جامد عمدتاً فرآیند جذب را هدایت

(COD)^۱، نیاز اکسیژن بیوشیمیایی (BOD)^۲، کل جامدات معلق (TSS)^۳، کل جامدات محلول (TDS)^۴ و مواد آلی طبیعی (NOM)^۵ را تا ۹۰ درصد از پساب‌های کاهش بدنهند. علاوه بر این، آن‌ها ممکن است به طور فعال انواع مختلفی از آلاینده‌های آب مانند آلاینده‌های معدنی و آلی را از سیستم‌های آبی جذب کنند [۱].

کاربرد بیوپلیمرهای روش انعقاد-لخته‌سازی

انعقاد یک روش شیمیایی تصفیه آب است که شامل تغییر بارهای الکترواستاتیک ذرات معلق در آب برای حذف مواد جامد است. شکل ۱ ساختار دوازده کلی فرآیند انعقاد را نشان می‌دهد. مولکول‌های کوچک و باردار به آب وارد می‌شوند تا بارهای ذرات، کلوبیدها یا مواد چرب موجود در سوسپانسیون را مختل کنند. انتخاب منعقد کننده مناسب برای یک سیستم، عملکرد کلی سیستم و به ویژه راندمان حذف مواد جامد را با بهبود عملکرد فیلتراسیون و شفاف کننده بهبود می‌بخشد. واکنش‌های انعقادی در انواع کاربردهای تصفیه فاضلاب، از جمله حذف ذرات کلوبیدی از آب، امولسیون زدایی امولسیون‌های روغن، و رنگ‌زدایی استفاده می‌شود [۱].



شکل ۱: ساختار دوازده کلی فرآیند انعقاد در تصفیه آب [۱].

^۱ bridging

^۱ chemical oxygen demand

^۲ biochemical oxygen demand

^۳ total suspended solids

^۴ total dissolved solids

^۵ Natural Organic Matter

^۶ Coagulation-flocculation



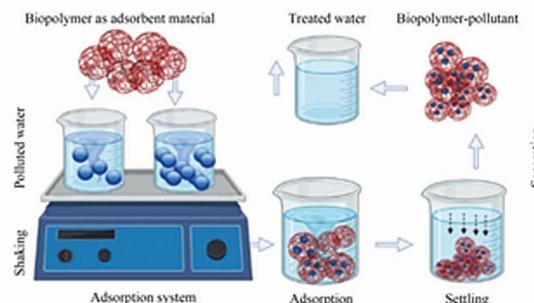
گرفتگی ستون تأثیر بگذارد [۳]. به طور خاص در جذب زیستی، از ترکیبات مولکولی زیستی به عنوان مواد کم هزینه برای حذف موثر و کارآمد فلزات سنگین استفاده می‌شود و روش‌های مختلفی پیشنهاد شده‌اند که از این پلیمرها، مانند کیتوزان، لیگنین، سلولز و کربوهیدرات‌ها از پوسته نارگیل، جک فروت، بلال و پوست ذرت و غیره استفاده می‌کنند. در این زمینه، ویژگی‌های فیزیکوشیمیایی محلول‌های پیشنهادی، ویژگی‌های مورفولوژیکی مانند تخلخل و توزیع منافذ داخلی، سطح و ماهیت (خصلت آبگریز و آبدوست سطح) و همچنین حضور گروه‌های عاملی، راندمان حذف و تصفیه آب را تنظیم می‌کند [۴].

جذب سطحی به دلیل مزایای مختلف مرتبط با آن، مانند راندمان بالا، سادگی عملیاتی، سهولت بازیابی و قابلیت بازیافت مواد، عمدهاً مورد استفاده قرار می‌گیرد اما متأسفانه، نیاز به انرژی بالا همراه با راندمان حذف فلز پایین و تولید ضایعات بالا به طور کلی جز معایب این روش است [۲].

کاربرد بایوپلیمرها در فرآیند غشایی

بیوپلیمرهای جاذب از منابع طبیعی مانند گیاهان، میکروارگانیسم‌ها و ... به دست می‌آیند و به دلیل خواص بیولوژیکی و فیزیکی خود، در فرآیندهای تصفیه آب بسیار مؤثر هستند به طوری که به دلیل ویژگی‌های خاصی که دارند مانند توانایی جذب آلاینده‌ها، قابلیت تخلیه آسان و قابلیت بازیافت، در فرآیندهای تصفیه آب به خوبی عمل می‌کنند [۴].

می‌کند و انتقال ماده جاذب کاملاً با نفوذ مولکولی انجام می‌شود [۱].

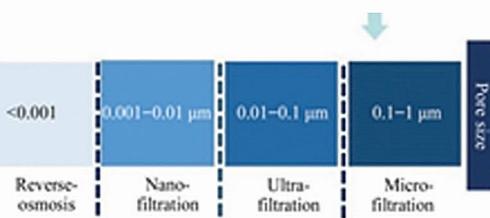


شکل ۲: شماتیک فرآیند جذب سطحی ناپیوسته در تصفیه آب [۱]

در سرتاسر سطح مشترک جامد-مایع، نفوذ مولکولی خود به خود را می‌توان با جریان‌های همرفتی بهبود بخشید تا انتقال جرم همرفتی را تشکیل دهد. این جریان‌های همرفتی باعث می‌شوند فاز مایع در یک حرکت دایره‌ای جابه‌جا شود و میانگین فرکانس برخورد مولکول‌های جاذب را افزایش دهد. این منجر به کاهش مقاومت انتشار و در نتیجه افزایش شار انتقال جرم در سطح مشترک جامد و مایع می‌شود. هنگامی که ماده آلاینده به سطح جاذب می‌رسد، تغییری در دینامیک مولکولی در ناحیه مشترک رخ می‌دهد. وجود گروه‌های عاملی مختلف بر روی سطح جاذب تا حد زیادی ماهیت تعاملی بین سطح جاذب و آلاینده را کنترل می‌کند [۱].

پارامترهایی مانند pH محلول، غلظت جاذب، اندازه ذرات جاذب، غلظت آلاینده اولیه، زمان برهمنکنش، سرعت همزدن و نوع همزدن را می‌توان از عوامل موثر در میزان جذب طی فرآیند دانست. همچنین طراحی ذرات جاذب (اندازه، مورفولوژی، پایداری شیمیایی و غیره) ممکن است به شدت بر خواص هیدرودینامیکی و





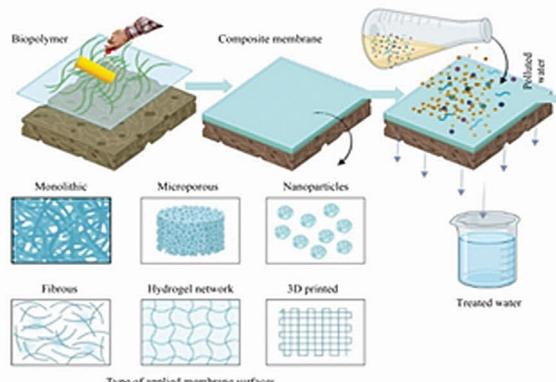
شکل ۴: انواع غشا با توجه به اندازه تخلخلها [۱]

روش تصفیه غشایی، در صورت ادغام با روش‌های موثر، با از بین بردن موفقیت آمیز آلینده‌های مختلف آب، راندمان بالاتری را در تصفیه آب ارائه می‌دهند. این روش امکان طراحی صنعتی بهتر را با حذف نیاز به هرگونه مواد شیمیایی اضافی یا محصولات سمی فراهم می‌کند و غشاهای پلیمری به عنوان مناسب‌ترین غشاهای برای کاربردهای تصفیه آب در نظر گرفته می‌شوند [۱].

کاربرد بایوپلیمرها در فرآیند تصفیه فتوکاتالیستی

فوتوکاتالیز می‌تواند برای تصفیه آب مورد استفاده قرار گیرد. در این زمینه، منابع انرژی نور یا همان فوتون‌ها که توسط نور خورشید یا یک منبع فرابنفش ایجاد می‌شوند، در ارتباط با مواد نیمه هادی برای تجزیه آلینده‌های آب استفاده می‌شوند (شکل ۵). هنگامی که یک سوسپانسیون فوتوکاتالیست حاوی آلینده‌های آبی با انرژی نور کافی روشن می‌شود، فوتون‌ها با سطح کاتالیزور نیمه هادی برخورد می‌کنند [۱].

شکل ۳ انواع سطوح غشایی مورد استفاده را همراه با کاربرد آن‌ها با توجه به اندازه منافذ نشان می‌دهد که می‌تواند به صورت نانوذرات، رشته‌ها، ساختارهای میکرو متخلخل، هیدروژل‌های شبکه‌ای و ... باشند. از طرفی پارامتر کلیدی در فناوری جداسازی غشا فشار است [۱].



شکل ۳: شماتیک فرآیند غشایی تصفیه آب و انواع غشاهای رایج [۱]

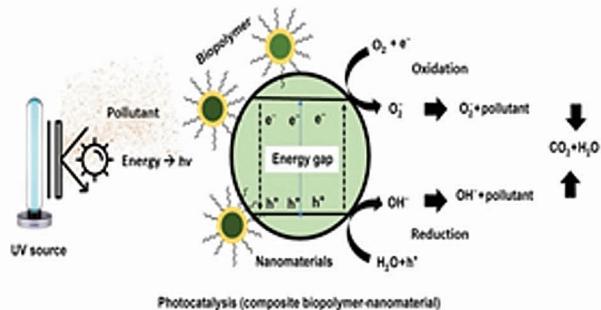
به طور کلی، با توجه به اندازه منافذ غشاء و مکانیسم‌های عملکرد، تکنیک‌های غشا تحت فشار طبق شکل ۴ به میکروفیلتراسیون^۸ (MF)، اولترافیلتراسیون^۹ (UF)، نانوفیلتراسیون^{۱۰} (NF)، اسمز معکوس^{۱۱} (RO) و اسمز رو به جلو^{۱۲} (FO) طبقه‌بندی می‌شوند. MF معمولاً برای حذف ذرات معلق، پروکاریوت‌ها، مخمرها و قارچ‌ها استفاده می‌شود، رو ش UF اغلب برای حذف ویروس‌ها، کلوبیدها و ماکرومولکول‌ها کاربرد دارد، رو ش NF بیشتر برای حذف سختی آب، فلزات سنگین و مواد آلی محلول استفاده شده و درنهایت رو ش RO برای نمک زدایی، استفاده مجدد از آب و تولید آب فوق خالص مورد استفاده است [۱].

نتیجه‌گیری

حذف آلاینده‌های نوظهور از فاضلاب برای اکوسیستم بسیار مهم است. طبق بررسی‌های انجام شده، مواد تشکیل دهنده پلیمرهای زیستی پتانسیل جایگزینی با مواد سنتی را دارند. پلیمرهای زیستی قابلیت رقابت قابل توجهی از نظر ظرفیت، اثربخشی، هزینه و زیست سازگاری در مقابل مواد رایج دیگر در این صنعت از سازگاری در مقابل مواد رایج دیگر در این صنعت از خود نشان داده‌اند. به طور کلی تحقیقات انجام شده مربوط به بکارگیری پلیمرهای زیستی مختلف و کامپوزیت‌های آن‌ها در فناوری‌های انعقاد/لخته سازی، جذب سطحی، فناوری غشاء، فتوکاتالیز و... تایید کننده این موضوع است [۳].

از بین موارد اشاره شده، جذب زیستی به طور کلی بیشتر مورد توجه قرار گرفته است که این به دلیل زیست تخریب پذیری، زیست سازگاری و تجدیدپذیری سیستم پلیمری زیستی، در تصفیه فاضلاب است. البته کاربرد صنعتی این بیopolymerها در مقیاس وسیع هنوز در مراحل اولیه است. علاوه بر این، بازسازی پلیمرهای زیستی پس از جذب زیستی، و همچنین بازیابی آلاینده‌ها، در رقابت با مواد موجود برای تصفیه فاضلاب صنعتی حیاتی است. در نتیجه، تحقیقات کمی و کیفی بیشتری برای درک و بررسی پتانسیل پلیمرهای زیستی در تصفیه آب و فاضلاب مورد نیاز است [۲].

مطالعات تحقیقاتی آینده برای پیشرفت کاربردهای گسترده بیopolymerها در تصفیه فاضلاب از نظر چهار جنبه اصلی به شدت توصیه می‌شود. (۱) افزایش منابع بیopolymerها، (۲) بهبود فناوری‌های استخراج و کشف منابع اضافی، (۳) بهینه‌سازی فرآیند



شکل ۵: مکانیزم عملکرد فرآیند تصفیه فتوکاتالیستی توسط بیopolymerها [۱]

اخیراً، پلیمرهای زیستی مختلف مانند آژینات، کیتین، کیتوزان، سلولز، پکتین و ... به دلیل ویژگی‌های مفیدشان به عنوان بخشی از مواد فتوکاتالیستی در طی تخریب اکسیداتیو کاتالیستی آلدگی آلی، مورد استفاده قرار گرفته‌اند [۴].

زمان واکنش طولانی، ابزار و لوازم گران قیمت، و استفاده از ترکیبات خطرناک و گران قیمت از مشکلات این روش است. از طرفی بازیابی فتوکاتالیست امکان پذیر است، اکسیژن محلول موجود در آب می‌تواند به طور مستقیم برای واکنش‌های تخریب فتوکاتالیستی آلاینده‌های آلی استفاده شود [۱].

انتخاب اجزای مناسب برای ساخت فتوکاتالیست‌ها یک مرحله حیاتی است. با این وجود، برخی از معایب مشخص شده برای کاتالیزورهای معمولی مانند پراکندگی محدود در آب، بازترکیب سریع جفت حفره‌های الکترونی، محدودیت‌های انتقال جرم و سمیت، آن‌ها را برای استفاده عملی در تصفیه خانه‌های آب نامناسب می‌کند [۱].



از طریق شناسایی عوامل اصلاحکننده و تعدیل پارامترهای عملیاتی و (۴) ارتقاء عمق تحقیقات کاربردی برای تجزیه و تحلیل سود هزینه و استانداردسازی فرآیند. با استناد به موارد اشاره شده، توسعه بیopolymerهای کم هزینه، ایمن و چند منظوره راه حل های بلندمدتی را برای جایگزینی پلیمرهای زیستی اقتصادی ارائه خواهد داد [۳].

مراجع

- [1] A. M. Elgarahy et al, “Use of biopolymers in wastewater treatment: A brief review of current trends and prospects,” Chinese Journal of Chemical Engineering, Dec. 01, 2023. doi: 10.1016/j.cjche.2023.05.018.
- [2] T. Russo et al, “Sustainable removal of contaminants by biopolymers: A novel approach for wastewater treatment. current state and future perspectives,” Processes, Apr. 01, 2021. doi: 10.3390/pr9040719.
- [3] Annu et al, “Biopolymeric Nanocomposites for Wastewater Remediation: An Overview on Recent Progress and Challenges,” Polymers (Basel), Jan. 2024, doi: 10.3390/polym16020294.
- [4] S. Sarode et al., “Overview of wastewater treatment methods with special focus on biopolymer chitin-chitosan,” International Journal of Biological Macromolecules, Jan. 01, 2019. doi:10.1016/j.ijbiomac.2018.10.089.

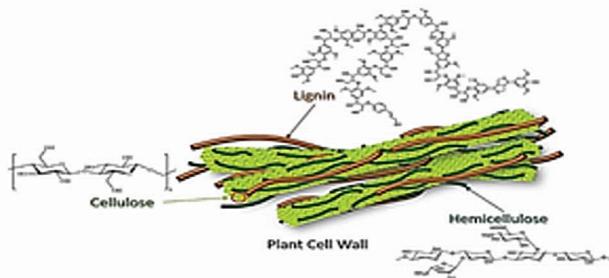
هیدروزل‌های مبتنی بر نانوسلولز مهندسی شده

برای کاربردهای دارورسانی هوشمند

h_heydrinasab@aut.ac.ir

◀ هلیا حیدری نسب

درون‌مولکولی پیوند برقرار می‌کنند (شکل ۱) [۲].



شکل ۱: ساختار زیست‌توده لیگنوسلولوزی [۲]

تهیه سلولز در ابعاد نانو، به دلیل عدم تجزیه سلولز در بدن و از طرفی پیشرفت دانش نانوفناوری که منجر به ظهور پدیده‌های منحصر به فرد و نوین می‌شود، مورد توجه قرار گرفته است که در سال‌های اخیر به دلیل خواص فیزیکی، شیمیایی و زیستی قابل توجه‌اش نظری زیست سازگاری، زیست تخریب پذیری و سمیت کم، توجه محققین زیادی را برای کاربردهای پزشکی به خود جلب کرده است. [۳]

در میان انواع سلولز برای دارورسانی هدفمند، نانوسلولز به دلیل ۱. استحکام کششی بالا و ۲. مدول الاستیک نانوساختارهای سه بعدی نانوسلولز (یعنی نانوبلورهای سلولز، نانوالیاف سلولز و سلولز نانوباکتریایی)، مناسب ترین و امیدوارکننده‌ترین ماده زیستی است [۲]. ساختار ژل آن‌ها به دلیل ماهیت بسیار هیدراته هیدروزل‌های مبتنی بر نانوسلولز حفظ می‌شود [۴]. آزادسازی پایدار داروها، آنزیمهای آنتی‌بادی‌ها توسط واکنش حرارتی و pH هیدروزل‌های نانوسلولزی کنترل می‌شود [۲].

سیستم‌های سنتی دارورسانی اغلب با عوارض جانبی همراه هستند که عمدتاً ناشی از توزیع نامناسب و ویژگی‌های آزادسازی غیرقابل کنترل دارو است. برای غلبه بر این محدودیت‌ها، دارورسانی‌های کنترل شده و پیشرفته برای دستیابی به آزادسازی دارو در سایت‌های هدف، به شیوه‌ای کنترل شده، توسعه داده شده‌اند. در مقایسه با سیستم‌های دارورسانی معمولی، سیستم‌های دارورسانی^۱ هوشمند می‌توانند غلظت دارو را در اندام‌ها و بافت‌های هدف برای مدت زمان طولانی‌تری حفظ کنند. از این نظر، سیستم‌های دارورسانی هوشمند، خواص فوق العاده‌ای را برای کاهش نوسان غلظت دارو، کاهش سمیت دارو و بهبود اثربخشی درمانی ارائه می‌دهند.

به دلیل خواص منحصر به فرد در مقیاس نانو و عملکردهای زیستی خاص، نانومواد مختلف مزایای جالب و فرصت‌های جدیدی را برای DDS^۲‌های هوشمند فراهم می‌کنند [۱][۲].

سلولز، به عنوان یکی از فراوان‌ترین زیست‌پلیمرهای موجود بر روی کره زمین شناخته شده و ساختار اولیه دیواره سلولی مواد لیگنوسلولزی را تشکیل می‌دهد که از نقطه نظر ساختاری، یک هموپلی‌ساقارید خطی با وزن مولکولی بالا و مت Shank از واحدهای به هم مرتبط دی‌گلوکوپیرانوز است. واحد تکرار شونده این پلیمر زنجیره بلند، دیمر گلوکز (سلوبیوز) است و هر واحد شامل شش گروه هیدروکسیل و دو پیوند گلیکوزیدی می‌باشد که از طریق پیوند هیدروزنسی بین مولکولی و



Drug delivery system

تولید بیوتکنولوژیک BNC

یکی از مهم ترین مسایل تولید BNC محیط کشت آن می باشد، زیرا ۵۰٪ تا ۸۰٪ از کل هزینه تولید را در بر می گیرد. متخصصان در حال تحقیق بر روی شناسایی ترکیب و حجم محیط کشت جدید مقرنون به صرفه می باشند. گروهی از دانشمندان، تولید BNC را با استفاده از ضایعات کشاورزی مثل انجیر، نیشکر و خرما مورد مطالعه قرار دادند. بنابراین BNC را با استفاده از بستری از جنس ضایعات کشاورزی هم می توان تولید کرد که خواص و ریزساختار فیزیکی آن را حفظ می کند.^[۲]

(CNF) نانوالیاف سلولز

CNF ها مولکول های طولانی و انعطاف پذیری می باشند که ضخامت آنها در حدود ۱۰-۱۰۰ نانومتر بوده و از بخش های آمورف و کریستالی تشکیل می شوند و به دلیل ترکیب قطعات آمورف و کریستالی و افزایش اندازه سطح در مقایسه با CNC ها، به عنوان یک ماده تقویت کننده جذاب برای کامپوزیت ها و پلیمرها استفاده می شوند.^{[۵][۲]}

تولید CNF

منابع زیست توده سلولزی مانند پنبه، کنف، نخل، کتان، برنج و خمیر چوب برای استخراج CNF از طرق مختلف مورد استفاده قرار گرفته اند.^{[۶][۲]}

(CNC) نانوکریستال های سلولز

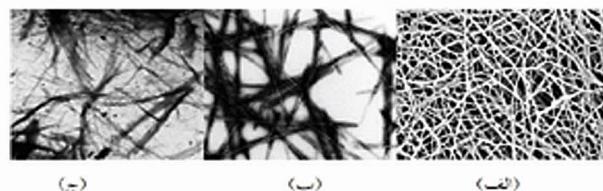
نانوکریستال های سلولزی، کریستال های میله ای شکل بوده با قطری در محدوده ۷۰-۵ نانومتر و طول ۱۰۰-۲۵۰ نانومتر

خواص نانوسلولز [۳][۲]

۱. زیست تخریب پذیری سریع
۲. سمیت زیست محیطی کم
۳. عدم سمیت سلولی
۴. جذب آب بالا
۵. شکل پذیری
۶. تخلخل
۷. دوام بالا
۸. غیر آلرژیک بودن

انواع و تولید نانوسلولزها

نانوسلولزها عموماً بر اساس اندازه، عملکرد و روش های تولید به سه نوع تقسیم می شوند: ۱. نانوسلولز باکتریایی ۲. نانوالیاف سلولز^۳ ۳. نانوکریستال های سلولز^۴ (شکل [۱]).^[۲]



شکل ۲: تصاویر میکروسکوپ الکترونی از (الف) نانوسلولز باکتریایی، (ب) نانوکریستال سلولز و (ج) نانوالیاف سلولز.^[۲]

(BNC) نانوسلولز باکتریایی

نانوسلولز باکتریایی (BNC)، سلولزی با درصد خلوص و بلورینگی بالا می باشد که توسط گونه های باکتریایی خاص مانند استوپاکتر زایلینوس^۵ و گلوکوناستوپاکتر زایلینوس^۶ و ریزوبیوم^۷، آئروباکتر^۸، آرتبباکتر^۹، سالمونلا^{۱۰} یا سارسینا^{۱۱} در محیط های آبی حاوی منبع قندی تولید می شود.^[۲]

^۱ Bacterial nanocellulose
^۲ Cellulose nanofibrils
^۳ Cellulose nanocrystals
^۴ Acetobacter xylinus



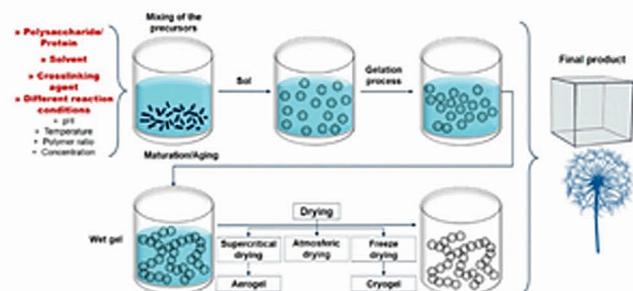
^۵ Gluconacetobacter xylinus
^۶ Rhizobium
^۷ Aerobacter
^۸ Azotobacter

^۹ Salmonella
^{۱۰} Sarcina

روش می تواند منجر به افزایش دقیق و کارآیی در تحویل داروهای سلولهای شود. همچنین، استفاده از نانوسلولز می تواند به کاهش اثرات جانبی مرتبط با داروهای کمک کند و راههای جدیدی برای درمان بیماری‌ها ارائه دهد (شکل ۵).

آئروژل‌های نانوسلولزی

پراکندگی ذرات نانوسلولز در آب با کمک تکنیک‌های مکانیکی یا اولتراسونیک^{۱۵} برای تولید آئروژل‌های نانوسلولز استفاده می‌شود. آئروژل‌های مبتنی بر نانوسلولز، با استفاده از سلولز فراوان و پایدار به عنوان ماده خام، نسل سوم آئروژل‌ها را ارائه می‌دهند که آئروژل‌های سنتی را با تخلخل بالا و سطح ویژه بزرگ و همچنین خواص عالی خود سلولز ترکیب می‌کنند. توانایی تشکیل کریستال نانوسلولز بالاتر از سایر انواع سلولز است. ساختار اسکلتی نانوسلولز از دسته‌های نانوالیاف تشکیل شده است که با یکدیگر مرتبط هستند. در نتیجه ساختار آن نسبت به سایرین مساحت کمتری دارد و هیچ ویژگی الاستیک خطی و شفافیت نوری ندارد. ویژگی‌های مورفولوژیکی و اندازه منافذ آئروژل‌های نانوسلولزی^{۱۶} به شدت تحت تأثیر ویژگی‌های حرارتی و مکانیکی است. حالتهای کلی آماده‌سازی و شرایط خشک شدن بر نوع ژل تشکیل شده تأثیر می‌گذارد (شکل ۶) [۲].



شکل ۶: حالات‌های کلی آماده سازی آئروژل‌های پلیمری زیستی [۲].

^{۱۳} in situ UV radical polymerization
^{۱۴} (hydroxyethyl)methacrylate

^{۱۵} ultrasonic techniques
^{۱۶} nanocellulose aerogels

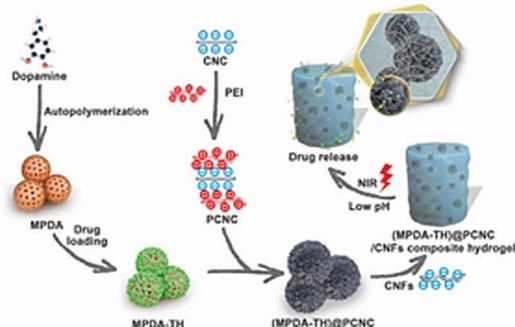
که در مقایسه با نانوالیاف‌ها، انعطاف پذیری کمتری دارند چرا که قادر بخش‌های آمورف می‌باشند [۵] [۲].

هیدروژل‌های مبتنی بر BNC

روش‌های مختلف اتصال متقابل برای فرموله کردن هیدروژل‌های مبتنی بر BNC مورد مطالعه قرار گرفته است. پلیمریزاسیون رادیکالی با UV^{۱۷} یک مونومر (هیدروکسی اتیل) متاکریلات^{۱۸} (HEMA) در ساختار BNC برای تشکیل هیدروژل‌های مبتنی بر BNC استفاده می‌شود. استحکام مکانیکی در هیدروژل‌های تولید شده توسط HEMA و BNC به دلیل ماهیت زیست‌سازگار آن‌ها مشاهده می‌شود. بنابراین، هیدروژل‌های نانوسلولز را می‌توان از روش‌های مختلف سنتز کرد. اندازه مشیاف، اندازه توزیع منافذ هیدروژل آماده شده و ساختار یک شبکه را تعیین می‌کند. هیدروژل‌ها به دلیل افزودن یون‌ها، پروتئین‌ها، پلیمرها و کوبولیمرها رنگی می‌شوند. همچنین، هیدروژل‌ها از حالت شفاف به دلیل محتوای جامد بالاتر، کدر به نظر می‌رسند [۲].

تحویل دارو از طریق نانوسلولز

تحویل دارو از طریق نانوسلولز می‌تواند بهبود موثری در جذب و استفاده از داروهای توسط بدن ایجاد کند. این



شکل ۵: تصویر شماتیک از فرآیند ساخت و رفتار رهاسازی دارو هیدروژل کامپوزیتی MPDA@PCNC/CNFS تحت شرایط pH مختلف و تابش نور NIR [۴].



می شود. محققین دیگری گزارش کردند که هیدروژل های مبتنی بر کیتوسان به طور انتخابی داروهای را از طریق کوپلیمریزاسیون اکریلیک اسید و N-ایزوپروپی آکریل آمید در pH=7.4 مقایسه با آزاد pH=3 آزاد می کنند. این هیدروژل ها با ظرفیت تورم بالاتر در pH=7.4، پاسخگویی به pH عالی دارند و می توانند کاندید خوبی برای سیستم های دارورسانی هوشمند باشند. همچنین توسعه هیدروژل های پاسخگو به pH وابسته به کیتوسان و استفاده از آن ها در یک سیستم تحويل داروی کنترل شده، کمک بسیار خوبی در نانوپردازی هدفمند است [۶][۲].

هیدروژل های تزریقی

استفاده از هیدروژل های تزریقی در بافت ها درد کمتری دارد و کم هزینه تر است. همچنین به فرو بردن داخل بدن نیاز ندارد. بنابراین، بیماران با هیدروژل های تزریقی احساس ناراحتی کمتری می کنند و استفاده بالینی از هیدروژل های تزریقی به طور گستره مشاهده می شود. هیدروژل های درجا تشکیل شده و رقیق شونده برشی^{۱۹} دو نوع هیدروژل تزریقی هستند. از یک دستگاه تزریق برای انتقال یک پیش ساز هیدروژل آبی به محل انتخاب شده استفاده می شود که با گذشت زمان به هیدروژل تبدیل می شود. برای پیاده سازی به یک روش انتقال سل-ژل برای این مواد در محیط فیزیکی بافت انتخاب شده نیاز است. این روش به گرما یا مواد شیمیایی سمی نیاز ندارد [۲][۶].

علاوه بر این، هیدروژل های تزریقی باید خواص مختلفی مانند تخلخل، چسبندگی، زیست سازگاری،

pH های حساس به

در میان انواع مختلف مواد هوشمند، هیدروژل های پاسخ دهنده به عنوان دسته های مهم ژل ها در نظر گرفته می شوند، زیرا به عنوان مواد زیستی عمل می کنند و در سیستم های دارورسانی پایدار و هدفمند استفاده می شوند. برای تشکیل هیدروژل های پاسخ دهنده، تکنیک های مختلفی استفاده شده است. در این هیدروژل ها، عوامل فیزیکی، pH نقش مهمی در تغییر ترکیب، توانایی تورم، و ظرفیت فلورسانس و رفتار انتقال دارو ژل ایفا می کنند. ظرفیت تورم یک هیدروژل اساسی ترین و مهم ترین ویژگی آن است. شکل، پایداری و حجم هیدروژل ها به تورم ژل بستگی دارد. همچنین بر سیستم های تحويل دارو تأثیر می گذارد. حساسیت به pH و رفتار نسبت به تغییرات pH مورد مطالعه قرار گرفته است. گروهی از محققین با استفاده از N-ایزوپروپی آکریل آمید^{۲۰} اصلاح شده، یک هیدروژل با دو پاسخ دهی از نظر pH و پاسخ دهی به دما به طور همزمان مورد مطالعه قرار دادند. این نوع هیدروژل ها با توجه به ظرفیت تورم خود به pH پاسخ می دهند. گروه دیگری از محققین هیدروژل های نانوآلیاف مبتنی بر ابریشم را بررسی کردند و دریافتند که آن ها به تغییرات pH حساس هستند و در آزادسازی دوکسوروبیسین^{۲۱} نقش دارند. بنابراین، دوکسوروبیسین به طور موثر در pH=۴.۵ آزاد می شود. محققین دیگری گزارش کردند که هیدروژل های مبتنی بر کیتوسان به طور انتخابی داروهای را از طریق کوپلیمریزاسیون اکریلیک اسید و N-ایزوپروپی آکریل آمید در pH=7.4 مقایسه با pH=3 آزاد

^{۱۷} N-isopropylacrylamide
^{۱۸} doxorubicin

^{۱۹} shear thinning

مغناطیسی فعال باشند تا به عنوان یک حامل هدفمند دارو، همراه با کاربردهای عملی عمل کنند^{[۲][۶]}^[۷].

حمل و نقل هوشمند داروهای درمانی

در مطالعات اخیر، قابلیت استفاده از CNF خشک شده به عنوان یک ماده جدید برای قرص‌سازی مورد تجزیه و تحلیل قرار گرفت. CNF‌های خشک شده با اسپری از نظر ویژگی‌های مکانیکی و فیزیکی مورد بررسی قرار گرفتند و بار ایچ ترین انواع سلولز میکروکریستالی (MCC)، یعنی Avicel PH-۱۰۱ و Avicel PH-۱۰۲ خواص مکانیکی، مانند نسبت سطح به حجم، MCC و MFC متفاوت بود، اما خواص شیمیایی آن‌ها مشابه بود. پاراستامول^{۲۳} به عنوان یک مدل در ساخت قرص و پودر CNF یا ترکیب آن با MCC با استفاده از فشرده سازی مستقیم یا دانه بندی مرطوب قرص‌ها استفاده شد. فشرده سازی مستقیم و دانه بندی مرطوب برای CNF، که خواص شکل پذیری کمتری داشت و نسبت به تغییر شکل دائمی حساسیت کمتری داشت، مفید بود. در مطالعات اتحلال و تجزیه، آزادسازی داروها از طریق قرص فشرده سازی مستقیم با CNF بالا بود. با این حال، هیچ تفاوت مهمی از طریق سیستم‌های دانه بندی مرطوب مشاهده نشد^[۲].

در مطالعه دیگری، آزادسازی دارو متغورمین هیدروکلرايد^{۲۴} با استفاده از دانه‌های ژل سلولز/آلزینات سنتز شده از طریق اکستروژن قطرات یا رسوب ارزیابی شد. اثر بر انتشار و پایداری دارو با مطالعه سه نوع متمایز از الیاف سلولزی، به عنوان مثال، MFC، MCC و الیاف پنبه مورد بررسی قرار گرفت. نتایج نشان داد که خواص مکانیکی و پایداری حرارتی آلزینات به دلیل وجود سلولز در آن افزایش می‌یابد. خواص مکانیکی،

زیست‌تخربی‌پذیری و سازگاری مکانیکی را برآورده کند. برخی از هیدروژل‌ها علاوه بر تشکیل درجا هیدروژل‌ها، ویژگی‌های رقیق شونده برشی را نیز نشان می‌دهند. برخی از هیدروژل‌ها ساختار ژل خود را پس از تزریق حفظ می‌کنند و در هنگام تزریق چسبناک‌تر هستند. هیدروژل‌های نانوسلولز، نمونه‌هایی از مواد رقیق شونده برشی هستند. آن‌ها به دلیل خاصیت جاری شدن تحت تنش برشی به عنوان بیومواد تزریقی مناسب هستند. پیوندهای عرضی فیزیکی یا شیمیایی برای تهیه هیدروژل‌های تزریقی استفاده می‌شود^{[۶][۲]}.

هیدروژل‌های مغناطیسی

پاسخ درمانی هیدروژل‌ها به زمان شناسایی دارو بستگی دارد. با این حال، توانایی مداوم حمل و نقل دارو با هیدروژل‌های معمولی ناکافی است. هیدروژل‌های مغناطیسی این توانایی را دارند که داروها را تحت تأثیر نیروی محرکه الکتریکی (EMF) برای مدت طولانی نگه دارند. حامل‌های داروی مغناطیسی EMF در سیستم‌های دارورسانی مغناطیسی در آسیب شناسی محل آسیب‌دیده بهبود می‌یابند. علاوه بر این، انتشار دارو توسط EMF کنترل می‌شود. هیدروژل‌های مغناطیسی حاوی دارو باعث افزایش کارایی دارو، کاهش مقدار مصرف و دفعات مصرف دارو و کاهش درجه آسیب به اندام‌ها می‌شود. فرمول هیدروژل‌های مغناطیسی با کیتوسان، β -گلیسروفسفات^{۲۵} و MNPs برای افزایش مدت زمان و اثر ضد توموری باسیلوس کالمت-گوئین^{۲۶} در مثانه ایجاد شده است. بنابراین، هیدروژل‌های توسعه‌یافته باید از نظر

^{۲۰} β -glycerophosphate

^{۲۱} Bacillus Calmette-Guérin

^{۲۲} microcrystalline cellulose

^{۲۳} Paracetamol



^{۲۴} metformin hydrochloride

است. اتصال ساختاری پلیمر با مولکول‌های داپسون^{۳۱} فعال، یک استراتژی هوشمند بالقوه برای بهبود کارایی درمانی داپسون و کاهش محدودیت‌های داپسون است. تشکیل پراکنده‌گی کلؤئیدی می‌تواند یک راه کارآمد برای داروهای جانبی، به عنوان مثال، داپسون پلی‌اکریل آمید^{۳۲} باشد ایجاد گروه‌های عاملی از طریق پلیمریزاسیون باز کردن حلقه^{۳۳} انجام می‌شود.^{[۴][۱][۲][۶]}

آزادسازی مداوم داروهای درمانی از پلیمرها را می‌توان با پیوند بین پلیمرها و مولکول‌های دارو مرتبط کرد. هر چه پیوندها ضعیفتر باشند، نرخ رهاسازی دارو بیشتر است و بالعکس. استراتژی‌های مختلفی که به طور کووالانسی گروه‌های عاملی واکنشی را متصل می‌کنند عبارتند از (۱) واکنش تیولن^{۳۴} (۲) واکنش‌های اکسیم^{۳۵} (۳) افزودن مایکل^{۳۶} (۴) سنتز ایمین و هیدرازون^{۳۷} (۵) استرسازی (۶) واکنش دیلز-الدر^{۳۸}. این واکنش‌ها به طور موثری برای عامل دار کردن پلیمر برای بهبود عملکرد دارورسانی استفاده شده است.^[۲]

در نتیجه نانوسلولز به دلیل شیمی سطح قابل تنظیم، استحکام مکانیکی بالا و خواص سطحی به عنوان یک نانومواد نسل بعدی ظهور کرده است. توسعه هیدروژل‌های نانوسلولزی با صرفه اقتصادی و سازگار با محیط زیست میزان استفاده از مواد مبتنی بر مواد پتروشیمیایی را کاهش می‌دهد. از نانوسلولز می‌توان به عنوان یک پلیمرزیستی استفاده کرد که مقدار زیادی مولکول گلوکز را بدون ایجاد عوارض جانبی برای بدن تولید می‌کند. به این ترتیب، دیدگاه‌های اصلی در مورد کاربردهای زیست‌پزشکی آن زیست سازگاری،

رهایش دارو و تورم دانه‌های آلزینات را می‌توان با استفاده از سلولز که به عنوان یک اصلاح‌کننده کارآمد عمل می‌کند، تنظیم کرد.^[۲] در مطالعه دیگری، یک سیستم دارورسانی مبتنی بر BNC برای افزایش زمان ماند اکتندین^{۳۹} ضد عفونی کننده تا ۱ هفته و افزایش کارایی خواص ضد میکروبی، مکانیکی و زیست سازگاری ایجاد شد. BNC‌ها با بارسطحی بالا، به صورت مایسل و ژل تولید شدند.^[۲] در مطالعه دیگری، یک سیستم آزادسازی کنترل شده جدید برای بربرین هیدروکلراید^{۴۰} و بربرین سولفات^{۴۱} با استفاده از غشاها نانوسلولز باکتریایی (BNC) توسعه یافت. در مقایسه با حامل‌های صنعتی، زمان انتشار دارو با استفاده از حامل BNC افزایش یافت. تحويل دارو توسط غشاها BNC، که ضخامت آن‌ها ۱۰ میلی متر بود، انجام شد. سرعت انتشار متوسط در شرایط قلیایی مشاهده شد. کمترین سرعت در مایع معده شبیه سازی شده یا محلول H₂SO₄ مشاهده شد، در حالی که سریع‌ترین سرعت در مایع روده شبیه سازی شده مشاهده شد.^[۲]

عامل دار کردن پلیمر برای بهبود عملکرد دارورسانی

اصلاحات مختلف^{۴۲} پس از پلیمریزاسیون به عنوان استراتژی‌هایی برای بهبود عملکرد دارورسانی شناخته می‌شود. کوپلیمریزاسیون مونومرها یی که دارای دسته‌های شیمیایی انتخابی^{۴۳} هستند، تمایل و فعالیتی برای پلیمریزاسیون نشان نمی‌دهد. با این حال، عملکرد مورد نظر را می‌توان با ایجاد یک گروه عاملی خاص ایجاد کرد. برای مثال پگیله کردن^{۴۰} معروف و پرکاربرد است اما دارای محدودیت‌هایی مانند تضاد با داروهای چربی دوست

^{۲۵} antiseptic octenidine

^{۲۸} modifications

^{۲۶} berberine hydrochloride

^{۲۹} chemoselective handles

^{۲۷} berberine sulfate

^{۳۰} PEGylation

^{۳۱} dapsonemolecules

^{۳۲} dapson polyacrylamide ^{۳۶} Michael addition

^{۳۳} ring-opening metathesis polymerization

^{۳۴} thiylene reaction

^{۳۵} oxime reactions ^{۳۷} imine and hydrazone synthesis

^{۳۸} Diels–Alder reaction



مراجع

- [1] "Smart drug delivery system based on nanocelluloses," *Journal of Bioresources and Bioproducts*, vol. 2, no. 1. 2017. doi: 10.21967/jbb.v2i1.125.
- [2] S. Liu, S. A. Qamar, M. Qamar, K. Basharat, and M. Bilal, "Engineered nanocellulose-based hydrogels for smart drug delivery applications," *Int. J. Biol. Macromol.*, vol. 181, pp. 275–290, 2021, doi: 10.1016/j.ijbiomac.2021.03.147.
- [3] A. Dufresne, "Nanocellulose: a new ageless bionanomaterial," *Mater. Today*, vol. 16, no. 6, pp. 220–227, Jun. 2013, doi: 10.1016/j.mattod.2013.06.004.
- [4] Y. Liu, Q. Fan, Y. Huo, M. Li, H. Liu, and B. Li, "Construction of nanocellulose-based composite hydrogel with a double packing structure as an intelligent drug carrier," *Cellulose*, vol. 28, no. 11, pp. 6953–6966, Jul. 2021, doi: 10.1007/s10570-021-03978-5.
- [5] J.-H. Kim et al., "Review of nanocellulose for sustainable future materials," *Int. J. Precis. Eng. Manuf. Technol.*, vol. 2, no. 2, pp. 197–213, Apr. 2015, doi: 10.1007/s40684-015-0024-9.
- [6] Y. Ai et al., "Nanocellulose-based hydrogels for drug delivery," *J. Mater. Chem. B*, vol. 11, no. 30, pp. 7004–7023, 2023, doi: 10.1039/D3TB00478C.
- [7] A. Gennari, A. J. Führ, G. Volpato, and C. F. Volken de Souza, "Magnetic cellulose: Versatile support for enzyme immobilization -June, p. 116646, 2020, doi: 10.1016/j.carbpol.2020.116646. A review,"

تجددیدپذیری، آبدوستی و زیست تخریب‌پذیری است. همچنین ژل/هیدروژل‌های مبتنی بر نانوسلولز را برای فرمولاسیون دارویی هوشمند و پایدار قابل استفاده هستند. اساساً، بیopolymerها و بیومواد به دلیل ویژگی‌های فیزیکی، شیمیایی، زیستسازگاری و زیست تخریب پذیری مطلوب، گزینه‌های عالی برای اهداف زیست پزشکی هستند. با این حال، سیستم‌های دارورسانی مبتنی بر نانوسلولز ممکن است باعث تجمع نانوسلولز در بدن شوند. بنابراین، اثرات بهداشتی، خطرات ایمنی، و ویژگی‌های سمندانسی باید ارزیابی و بررسی شود. مطالعات بر روی ژل‌ها/هیدروژل‌های مبتنی بر نانوسلولز متنوع برای فرآیندهای آزادسازی داروی هوشمند در شرایط آزمایشگاهی یا در نمونه‌های آزمایشی حیوانی، حمل و نقل پایدار و کنترل شده را در هر مورد نشان داده است. با این حال، تحقیقات بالینی بر روی انسان وجود ندارد. سینتیک آزادسازی داروهای مختلف آبرگیز و آب‌دوست ضعیف و بسیار محلول در آب را می‌توان از طریق توسعه فرمولهای مبتنی بر نانوسلولز کنترل کرد. بنابراین، نانوسلولز می‌تواند سیستم را با روشی پایدار و کنترل شده بهبود بخشد. در نتیجه، این نانو ماده سبز پتانسیل بالایی برای تحويل دارو و سایر کاربردهای زیست‌پزشکی نشان می‌دهد.



کاربرد بایو پلیمرها در صنایع دریایی

pariaahouie@aut.ac.ir

◀ پریا آهوبی

mahdiasadi@aut.ac.ir

◀ مهدی اسدی گلورزی

داده و منجر به مصرف بیشتر سوخت و افزایش هزینه‌ها می‌شود. همچنین، باعث خسارات اقتصادی با تغییر شکل تورهای ماهیگیری و کاهش دقیقت حسگرهای می‌گردد. زیستآلودگی به مشکلات زیستمحیطی و ایمنی از جمله افزایش انتشار گازهای گلخانه‌ای و خوردگی مواد نیز منجر شده و سالانه بیش از ۱۵۰ میلیارد دلار هزینه دارد. برای مقابله با این مشکل، استراتژی‌های مختلفی توسعه یافته‌اند که پوشش‌های ضد رسوب به دلیل کارایی و هزینه نگهداری کم، موثرترین آن‌ها هستند. در گذشته، تری بوتیل‌تین^۴ (TBT) به عنوان ماده زیستکش در این پوشش‌ها استفاده می‌شد تا اینکه در سال ۲۰۰۸ به دلیل سمیت بالا مننوع شد. جایگزین‌های حاوی فلزات سنگین مانند مس و روی نیز خطرات زیست محیطی دارند. تحقیقات اخیر بر پوشش‌های ضد رسوب سازگار با محیط زیست متمرکز شده‌اند. این مقاله پیشرفت‌های این حوزه را بررسی کرده، مزایا و معایب هر نوع پوشش را تحلیل می‌کند و بر سطوح اصلاح شده با پیتیدهای ضد باکتری تاکید دارد. هدف در اینجا ارائه راهنمایی برای توسعه پوشش‌های ضد رسوب دریایی کارآمد دارای طیف وسیع و سازگار با محیط زیست است.

مکانیزم چسبندگی و رسوب‌گذاری

چسبندگی ارگانیسم‌های رسوب‌گذار دریایی یک

موجودات دریایی باعث آسیب جدی به تجهیزات دریایی می‌شوند. پوشش‌های ضد رسوب سنتی که شامل فلزات سنگین هستند، به محیط زیست آسیب می‌زنند و کاربرد عملی ندارند و به دلیل نگرانی‌های زیستمحیطی، تحقیقات به سمت پوشش‌های ضد رسوب سازگار با محیط زیست و گستردگتری هدایت شده است. این گزارش به بررسی تشکیل و مکانیسم رسوب زیستی پرداخته است و به پیشرفت های اخیر در پوشش‌های سازگار با محیط زیست که شامل پوشش‌های رهایش گرفتگی، پوشش‌های فوتوكاتالیتیک^۱، مواد میکرو/نانو ساختار و پوشش‌های هیدروزولی ای است، نگاهی می‌اندازد. مرکز ویژه بر پیتیدهای ضد میکروبی و روش‌های اصلاح سطحی که دارای فعالیت ضد میکروبی گسترد و دوستدار محیط زیست هستند، آن‌ها را به عنوان پوشش‌های ضد رسوب دریایی امیدوار کننده نشان می‌دهد. همچنین در آخر، جهت‌گیری‌های تحقیقات آینده برای توسعه راه حل‌های مؤثر و پایدار ضد رسوب مورد بررسی قرار گرفته است.

[۳] مقدمه

زیستآلودگی، چسبیدن و استعمار سطوح مرطوب توسط ارگانیسم‌هایی مانند جلبک‌ها^۲، بارناکل‌ها^۳ و صدف‌ها، تاثیرات قابل توجهی بر صنایع دریایی دارد. این پدیده وزن و مقاومت اصطکاکی کشتی‌ها را افزایش

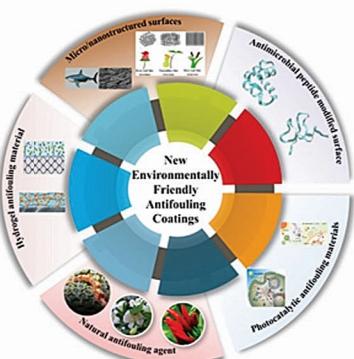
^۱ photocatalytic
^۲ peptides



^۳ barnacle
^۴ Tri-n-butyltin

پوشش‌های جدید ضدرسوب سازگار با محیط زیست

از زمان کشتی‌های چوبی، روش‌های مختلفی برای جلوگیری از رسوب‌گذاری زیستی مورد استفاده بوده‌اند، از جمله پوشاندن بدنه کشتی با فلزات مانند سرب و مس و یا استفاده از قیر داغ، قطران و گریس. با ظهور کشتی‌های آهنی، این روش‌ها به دلیل تسریع خوردگی و کاهش سرعت کشتی‌ها کنار گذاشته شدند و در اواخر قرن ۱۸، مواد سمی مانند آرسنیک، گوگرد و جیوه برای محافظت از بدنه کشتی‌ها استفاده می‌شد^[۷]. در دهه ۱۹۵۰، پوشش‌های حاوی ارگانوسنتین برای جلوگیری از رسوب دریایی محبوب شدند، اما تجمع این مواد در موجودات مختلف، ایجاد جهش‌های ژنتیکی و خطرات بهداشتی را به همراه داشت^[۸]. در سال ۲۰۰۱، سازمان بین‌المللی دریانوردی^[۹] (IMO) به دلیل اثرات مضر زیست‌محیطی، استفاده از این پوشش‌ها را از سال ۲۰۰۲ منوع کرد. بنابراین، تحقیقات به سمت استراتژی‌های ضدرسوب سازگار با محیط زیست، از جمله پوشش‌های آزادسازی رسوب، پوشش‌های زیست تقلیدی، پوشش‌های فوتوكاتالیستی و مواد جدید مبتنی بر پیتیدهای ضدمیکروبی، جهت ارائه راه حل‌های موثر و دوستدار محیط زیست برای مقابله با رسوب‌گذاری زیستی متمایل شده است(شکل ۲).

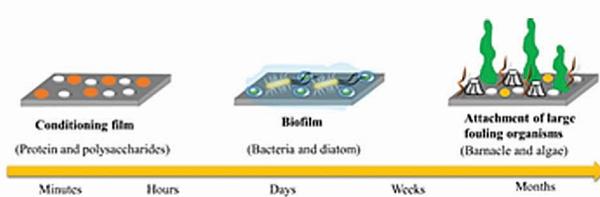


شکل ۲: بررسی پوشش‌های ضدرسوب سازگار با محیط زیست جدید

^۹ diatom

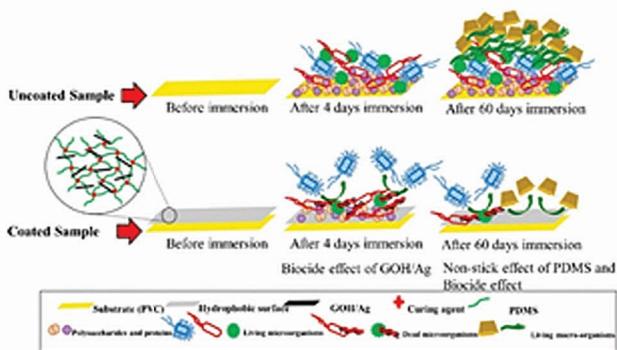
^{*} Extra cellular polymer

داده و منجر به مصرف بیشتر سوخت و فیلم شرطی شروع شده، به توسعه زیست‌لایه منجر می‌شود و در نهایت به تشکیل زیستگاه رسوب‌گذاری ختم می‌گردد(شکل ۱)[۴]. با غوطه‌ور شدن در آب دریا، مواد آلی مانند پلی‌ساقاریدها، پروتئین‌ها و گلیکوپروتئین‌ها به سرعت از طریق نیروهای واندروالسی، پیوندهای هیدروژنی و نیروهای الکترواستاتیکی به سطح اشیاء می‌چسبند. این مرحله که تشکیل فیلم شرطی نام دارد، برگشت‌پذیر است و مواد مغذی برای چسبندگی میکروبی فراهم می‌کند. در عرض یک روز، میکروارگانیسم‌های مانند باکتری‌ها و دیاتومه‌ها^۵ به فیلم شرطی چسبیده و مواد پلیمری خارج‌سلولی^۶ (EPS) ترشح می‌کنند که چسبندگی بیشتر میکروارگانیسم‌ها را تقویت می‌کند که به اصطلاح مرحله‌ی تشکیل زیست‌لایه نامیده می‌شود. این زیست‌لایه از آب، مواد آلی، میکروارگانیسم‌ها و متابولیت‌های خارج‌سلولی تشکیل شده است. مرحله آخر تشکیل زیستگاه رسوب‌گذاری می‌باشد که در آن زیست‌لایه، هاگ‌های جلبکی و تک‌یاختگان را جذب می‌کند و به تشکیل لایه‌ای از مخاط منجرب می‌شود. در هفته‌های بعد، ارگانیسم‌های بزرگ‌تر مانند بارناکل‌ها، صدف‌ها و جلبک‌های بزرگ به سطح چسبیده و رشد می‌کنند، زیستگاه‌های پیچیده‌ای را تشکیل می‌دهند و طی چند ماه منجر به رسوب‌گذاری شدید می‌شوند[۵، ۶].



شکل ۱: نمودار تصویری فرآیند رسوب زیستی دریایی [۴]

دوم بیشتری در محیطهای آب دریا از خود نشان می‌دهند(شکل ۳) [۱].



شکل ۳. ساختار نانوکامپوزیت GOH@Ag و عملکرد ضد رسوبر [۱]

در مجموع، پوشش‌های ضد رسوبر آزادکننده، بهویژه آن هایی که شامل نانومواد هستند، راه حل‌های سازگار با محیط زیست با مقاومت بهتر در برابر رسوبر و خواص مکانیکی بهبود یافته ارائه می‌کنند که آن‌ها را برای کاربردهای ضد رسوبر دریایی امیدوار کننده می‌سازد. روش بهبود توانایی آزادسازی رسوبر در مواد با انرژی سطحی پایین، شامل پیوند گروه‌های عاملی مانند آمفی‌فیل‌ها، پلی‌اتیلن گلیکول‌ها و نمک‌های آمونیوم چهارتایی به PDMS یا تهیه مواد همانند فلوروسیلیکون اصلاح شده است. وانگ و همکاران [۱۳] یک کوپلیمر آمفی‌فیلیک با بخش‌های هیدروفوبیک فلوروسیلیکونی و آمفی‌فیل‌های هیدروفیلیک طراحی کردند که مقاومت عالی در برابر پروتئین‌ها در زیر آب نشان می‌دهد. گوازالی و همکاران [۱۴] یک پوشش ضد رسوبر آمفی‌فیلیک، توسعه دادند که در عملکرد طولانی‌مدت ضد رسوبر دریایی و استحکام چسبندگی مؤثر است(شکل ۴) [۱۴].

پوشش ضد رسوبر آزادکننده

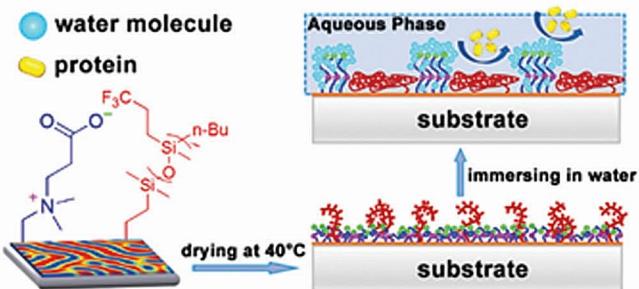
پوشش‌های ضد رسوبر آزادکننده^۸ (FRC) از مواد با انرژی سطحی پایین برای جلوگیری از رسوبر دریایی بدون آزادسازی مواد سمی استفاده می‌کنند. این پوشش‌ها، بهویژه بر پایه ماتریس‌های سیلیکونی و فلوروپلیمرها، با کاهش چسبندگی سطحی از رسوبر جلوگیری می‌کنند. الاستomerهای پلی‌دی‌متیل سیلوکسان (PDMS) به دلیل انرژی سطحی پایین و قابلیت آزادسازی رسوبر برتر، به طور گسترده‌ای استفاده می‌شوند. با این حال، PDMS اصلاح نشده محدودیت‌هایی در استحکام مکانیکی و قابلیت اتصال دارد که باعث تحقیقات برای بهبود این جنبه‌ها شده است. نانومواد مانند نانوذرات اکسید مس و مشتقات گرافن، خواص FRC را بهبود می‌بخشند. ادغام نانوپرکننده‌ها در ماتریس‌های PDMS، استحکام مکانیکی و چسبندگی را افزایش می‌دهد و مقاومت بهتری در برابر رسوبر ایجاد می‌کند [۹-۱۱]. مطالعات نشان می‌دهد که پوشش‌های نانوکامپوزیتی عملکرد ضد رسوبر بهتر، خواص مکانیکی و ویژگی‌های سطحی بهبود یافته‌ای دارند. برای مثال، نانوکامپوزیت‌های PDMS آغشته شده با CuO یا مشتقات گرافن مهار قابل توجهی از موجودات رسوبرزا و بهبود ویژگی‌های سطحی نشان می‌دهند. [۱۲] تحقیقات بر روی سفارشی‌سازی ویژگی‌های نانومواد برای کاربردهای خاص، مانند فعالیت ضد میکروبی و آبگردی سطحی، متمرکز است. پوشش‌های نانوکامپوزیتی مانند PDMS/GO-Fe₃O₄ خواص فوق آبگردی و ضد باکتریایی دارند، در حالی که پوشش‌های PDMS آغشته با نانوذرات GOH@Ag مقاومت بهتر در برابر رسوبر و

^۸ fouling release anti fouling coatings

مواد ضد رسوب با ساختارهای میکرو/نانو

برخی گیاهان و حیوانات مانند کوسه‌ها، خرچنگ‌های دریایی، برگ‌های نیوفر و برگ‌های برنج دارای سطوحی با ویژگی‌های خودپاک‌کنندگی و ضدآلودگی برجسته هستند. این سطوح می‌توانند از چسبیدن ارگانیسم‌های مزاحم مانند جلبک‌ها، بارناک‌ها و باکتری‌ها جلوگیری کنند. مطالعات اخیر نشان داده‌اند که ساختارهای میکرو/نانو منحصر به فرد روی این سطوح نقش مهمی در جلوگیری از آلودگی دارند. به عنوان مثال، پوست کوسه دارای شیارهای ریزی است که به کاهش کشش آب و جلوگیری از چسبیدگی ارگانیسم‌ها کمک می‌کند. پژوهشگران با الهام از این ساختار، سطوح مصنوعی مشابهی ایجاد کرده‌اند که می‌توانند به طور مؤثری از چسبیدن جلبک‌ها و باکتری‌ها جلوگیری کنند. کارمن و همکارانش [۱۷] سطح میکروساختاری مشابه پوست کوسه را روی زیرلایه PDMS طراحی و تولید کردند. این سطح می‌تواند استقرار ۸۶ درصد از هاگ جلبک دریایی را زمانی که اندازه سطح کوچکتر از اندازه آن‌ها بود، به طور مؤثری مهار کند. از روش‌های مختلفی مانند روش‌های رسوب‌دهی، قالب‌گیری نرم، اچینگ^۹ و نانوکامپوزیت برای ساخت این سطوح میکرو/نانوساختاری استفاده می‌شود. این روش‌ها به تولید مواد ضدآلودگی در زمینه‌های مختلف کمک کرده‌اند. کین و همکارانش [۱۸] با استفاده از ایده استقلال قطعه‌ای^{۱۰}، ساختار فلسفه‌ای سپری پوست کوسه را ساده کردند و سپس یک ساختار ناهموار روی سطح PDMS ساختند. این سطح ناهموار با استفاده از ذرات ZIF-۶۷ اصلاح شد. نتایج نشان داد که نرخ

با این حال، پوشش‌های با انرژی سطحی پایین از چسبندگی ضعیف روی سطوح بدنه رنج می‌برند که نیازمند پوشش‌های میانی برای بهبود چسبندگی است و باعث پیچیدگی در اجرا و افزایش هزینه‌ها می‌شود. علاوه بر این، آنها در مقایسه با انواع دیگر پوشش‌ها مستعدتر به آسیب هستند.



شکل ۴: مکانیسم ضد رسوب کوپلیمرهای آمفیفیلیک [۱۲]

عامل ضد رسوب طبیعی گرفته شده از دریا

عامل ضدرسوب طبیعی دریایی توسط بی‌مهرگانی مانند خیارهای دریایی، بالش‌های دریایی و اسفنج‌ها برای دفاع در برابر تهدیدات خارجی ترشح می‌شوند. دریا و همکاران [۱۵]، نه عصاره زیست‌فعال از خیارهای دریایی را آزمایش کردند و دریافتند که عصاره‌های اتیل استات دیواره بدنی بالاترین فعالیت ضدرسوب، بهویژه علیه سویه‌های باکتریایی، خرچنگ‌های دریایی و لاروهای میگوی آب‌شور را نشان می‌دهند. پوشش‌های حاوی اتیل استات دیواره بدنی به‌طور مؤثر از چسبیدن موجودات رسوب‌زا، بهویژه هنگامی که با محلولی از پلی‌کاپرولاكتون (PCL) و اسید پلی‌لاکتیک (PLA) ترکیب می‌شوند، جلوگیری می‌کنند [۱۶].

همافزایی مهار کند. علاوه بر این، $p[BNIm][Br]$ که روی سطح شارکلت پوشش داده شده بود، درصد حذف جلبک‌های قرمز را از ۴۰.۷ درصد به ۶۰.۱ درصد افزایش داد. با وجود مزایای بسیار، ساخت این سطوح میکرو/نانوساختاری چالش‌هایی نیز دارد. بیشتر این ساختارها روی مواد نرم مانند PDMS یا سیلیکون ساخته می‌شوند و کاربرد آن‌ها روی مواد سخت مانند فلزات مورد استفاده در کشتی‌ها کمتر مورد تحقیق قرار گرفته است. همچنین، فرآیندهای ساخت پیچیده و هزینه‌های تولید بالا نیز از دیگر چالش‌ها هستند که کاربرد عملی این مواد را محدود می‌کند. در مقایسه با فناوری‌های سنتی که با آزادسازی عوامل ضدآلودگی، ارگانیسم‌های مزاحم دریایی را می‌کشند، مواد ضدآلودگی میکرو/نانوساختاری عمده‌اً از مورفولوژی میکروساختار خود برای مهار چسبندگی ارگانیسم‌های مزاحم استفاده می‌کنند و به محیط زیست دریایی آسیبی نمی‌رسانند. علاوه بر موارد ذکر شده، پژوهشگران داخلی و خارجی نیز انواع مختلفی از میکروساختارهای مصنوعی را برای بررسی مکانیزم‌ها و خواص ضدآلودگی آن‌ها آماده کرده‌اند. به عنوان مثال، گروه نویسندها [۲۰] در مطالعه‌ای شش سطح میکروساختاری طراحی و پردازش کردند و سپس سطح همافزا را با اصلاح پیتید آماده کردند. نتایج آزمایش نشان داد که شش سطح همافزا با عمق ۰.۸ میکرومتر با موفقیت روی سطح زیرلایه فولاد ضدزنگ آماده شد و زاویه تماس سطح نمونه افزایش یافت. علاوه بر این، نتایج آزمون ضدآلودگی نشان داد که سطح همافزا خواص ضدجلبک قوی دارد. در کل، مشخص شد که

چسبندگی جلبک‌ها روی این سطح در مقایسه با سطح صاف ۶۵.۳ درصد کاهش یافت. علاوه بر کوسه‌ها، برخی از موجودات دریایی که تحرک کمتری دارند، مانند صدف‌ها و جلبک‌ها، نیز دارای سطوحی هستند که از چسبندگی ارگانیسم‌های مزاحم جلوگیری می‌کنند. محققان با الهام از این ساختارها، سطوحی مصنوعی ایجاد کردند که می‌توانند به طور مؤثری از چسبندگی ارگانیسم‌ها جلوگیری کنند. ژائو و همکارانش [۱۹] مورفولوژی میکروساختاری مشابه لامیناریا ژاپونیکا^{۱۱} را روی زیرلایه PDMS ساختند. سپس آژینات سدیم و پلی‌گوانیدین‌هگزامتیلن دیامین (GHPEI) را به طور متناوب روی سطح مواد بایونیک با استفاده از روش تجمع لایه به لایه قرار دادند و یک فیلم پلیمری نازک و به شدت هیدراته ایجاد کردند. نتایج آزمون ضدآلودگی نشان داد که سطح بایونیک اصلاح شده می‌تواند به طور مؤثری چسبندگی جلبک‌ها را مهار کند. علاوه بر موجودات دریایی، ساختارهای میکرو/نانو روی سطوح حیوانات و گیاهان زمینی نیز مورد مطالعه قرار گرفته‌اند. به عنوان مثال، بال‌های سیکادا دارای ساختارهایی هستند که می‌توانند باکتری‌ها را با تخریب غشاهای سلولی آن‌ها بکشند، در حالی که به سلول‌های انسانی آسیبی نمی‌رسانند. مطالعه او و همکارانش [۲۱] نیز نشان داد که سطوح‌های شارکلت^{۱۲} با پوشش پلی‌(مایع یونی) با استفاده از تکنیک چاپ سه بعدی و روش پلیمریزاسیون^{۱۳} ROMP زیرسطحی آماده شدند (شکل ۵). نتایج آزمایش نشان داد که [BNIm][Br]_p[Br]_n دارای خواص ضدجذب پروتئین سرم گاوی^{۱۴} خوبی است و خواص ضدباکتری خوبی دارد. سطح و ترکیب شیمیایی شارکلت می‌تواند چسبندگی میکروجلبک‌ها را از طریق اثرات

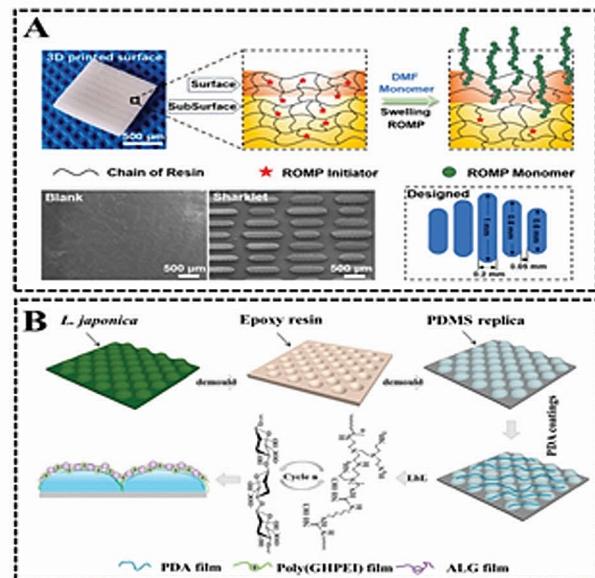
^{۱۱} Laminaria japonica
^{۱۲} Sharklet



^{۱۳} ring-opening metathesis polymerization
^{۱۴} anti-bovine serum protein

ترشح شده از اپیدرم برخی ماهی‌ها و دوزیستان می‌تواند به طور مؤثری از چسبیدن ارگانیسم‌های مزاحم جلوگیری کند. مطالعات بیشتر نشان داده‌اند که ترکیب اصلی مخاط، یک هیدروژل طبیعی به نام موکین^{۱۵} است که خواص نرم و آب دوست دارد و می‌تواند در آب ژل تشکیل دهد. هیدروژل‌ها دارای شبکه‌های پلیمری سه‌بعدی متصل هستند که می‌توانند مقادیر زیادی آب را جذب کنند و آب دوست می‌باشند، که این ویژگی‌ها شرایط مناسبی برای تشکیل لایه‌های هیدراسیون از طریق پیوند هیدروژنی یا الکترواستاتیکی فراهم می‌کنند و به این ترتیب می‌توانند به طور مؤثری از چسبندگی ارگانیسم‌های مزاحم در دریا جلوگیری کنند. به دلیل این مزایا، پژوهش‌های گسترده‌ای در زمینه کاربرد مواد هیدروژلی در ضدآبودگی دریایی انجام شده است. با این حال، در کاربردهای دریایی، چالش‌هایی همچون اعمال پوشش‌های هیدروژلی به سطوح مختلف با تراکم بالا و به صورت پایدار و همچنین ضعف چسبندگی و دوام کم این پوشش‌ها وجود دارد که محدودیت‌های بزرگی برای استفاده عملی از آن‌ها ایجاد می‌کند [۲۱]. برای حل این مشکلات، محققان به بررسی پوشش‌های هیدروژلی اصلاح شده پرداخته‌اند. یکی از روش‌های مورد استفاده، تهیه هیدروژل‌های نانوکامپوزیت پلیمری است که با افزودن نانوذرات به پلیمرا تولید می‌شوند. نانوذرات می‌توانند به طور قابل توجهی استحکام مکانیکی هیدروژل‌ها را بهبود بخشند. این روش تهیه آسان، ارزان و مناسب برای تولید انبوه است. به عنوان مثال، ژانگ و همکارانش [۲۲] پوششی

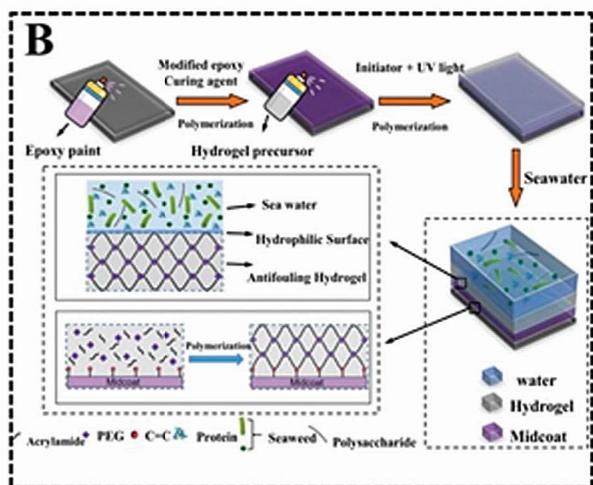
استفاده از ساختارهای میکرو/نانوساختاری الهام گرفته از می‌تواند به طور مؤثری چسبندگی و رشد ارگانیسم‌های مزاحم را کاهش دهد. این تکنولوژی نه تنها در کاهش چسبندگی جلبک‌ها و باکتری‌ها مؤثر است، بلکه می‌تواند خواص ضدبacterی و ضدجذب پروتئین نیز داشته باشد. با این حال، برای کاربرد عملی گسترده‌تر، چالش‌هایی مانند هزینه‌های تولید و فرآیندهای ساخت پیچیده باید مورد توجه قرار گیرند و تحقیقات بیشتری بر روی مواد فلزی سخت انجام شود تا این فناوری بتواند به طور گسترده‌تری در زمینه‌های مختلف، به ویژه در صنعت دریایی، به کار گرفته شود.



شکل ۵: آماده‌سازی رسوب متراوب آژینات سدیم و پلی بر روی بسترهای PDMS [۲۲]

مواد ضدرسوب بر پایه هیدروژل

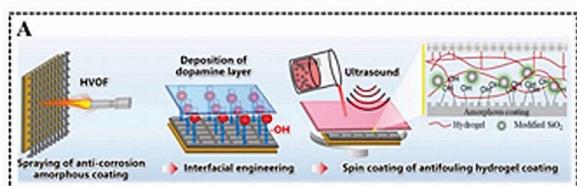
در سال‌های اخیر، در مطالعه ساختارهای میکرو/نانو سطحی گیاهان و حیوانات، محققان دریافتند که مخاط



شکل ۷: تهیه پوشش هیدروژلی بر پایه پلی آکریل آمید شبکه ای شده و پلی اتیلن گلیکول

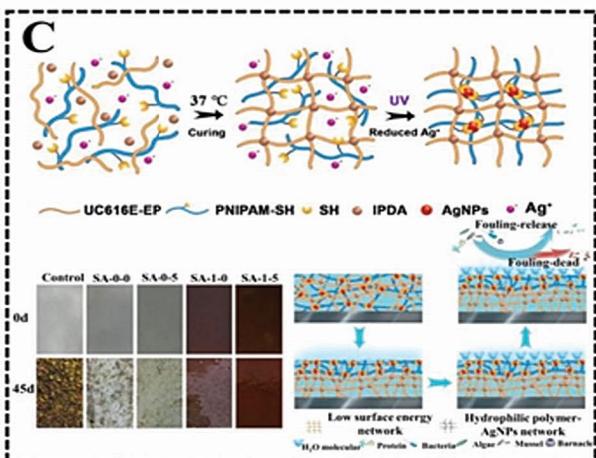
لو و همکارانش [۲۵] نیز پوششی هیدروژلی آمفیفیلیک بر پایه زیستی تهیه کردند که دارای خواص ضدآلودگی و مکانیکی بسیار خوبی بود. این پوشش با تشکیل درجا شبکه‌های پلیمری نفوذپذیر آب گریز و آب دوست به دست آمد. قسمت آب گریز این پوشش دارای خواص مکانیکی بسیار خوبی از جمله استحکام کششی بالا و چسبندگی عالی بود، در حالی که قسمت هیدروفیلیک پوشش، با استفاده از نانوذرات نقره، خواص ضدآلودگی عالی داشت. به علاوه، آزمایش‌های واقعی در دریا به مدت ۴۵ روز نشان داد که پوشش هیدروژل آمفیفیلیک بر پایه زیستی قادر به مهار کردن رسوبات دریایی به طرز موثری است. این پوشش، با نام S-۱-۵، شامل پلیمر هیدروفیلیک سولفیدریل (PNIPAM-SH) و نمک نقره تری‌فلورومتان سولفونات (AgOTf) است که عملکرد مقاومت به رسوب‌گیری بهتری ارائه می‌دهد. PNIPAM-SH هیدروفیلیک پس از غوطه‌ور شدن در آب به سطح پوشش مهاجرت می‌کند و

هیدروژلی بر پایه آهن با نانوذرات SiO₂ تهیه کردند که دارای خواص ضدآلودگی و مقاومت به خوردگی بسیار خوبی بود. این پوشش‌ها در آزمایش‌های آزمایشگاهی و محیطی نشان دادند که دارای خواص ضدآلودگی بسیار عالی هستند و ۹۹.۸٪ از رشد جلبک‌ها و ۱۰۰٪ از چسبیدن صدف‌ها جلوگیری می‌کنند (شکل ۶) [۲۳].



شکل ۶: پوششی هیدروژلی بر پایه آهن

همچنین، محققان از روش‌های اتصال شیمیایی برای بهبود پایداری مکانیکی و فعالیت ضدآلودگی هیدروژل‌ها استفاده کردند. این روش شامل تهیه هیدروژل‌هایی مانند پلی‌اتیلن گلیکول (PEG)، پلی آکریل‌آمید (PMA) و هیدروژل‌های آکریلات است. با تنظیم پارامترهای تهیه، می‌توان پوشش‌های هیدروژلی با خواص مناسب تهیه کرد. به عنوان مثال، یانگ و همکارانش [۲۴] یک پوشش ژلی ضدآلودگی بر پایه پلی‌آکریل‌آمید و پلی‌اتیلن گلیکول تهیه کردند که می‌تواند سطوح مختلف را به طور یکنواخت و متراکم بپوشاند. این پوشش دارای چسبندگی قوی و پایداری مکانیکی بالایی بود و همچنین خواص ضدآلودگی بسیار خوبی داشت (شکل ۷) [۲۴].



شکل ۸: مراحل تهیه پوشش هیدروژل آمفیفیلیک پایه زیستی و مکانیسم ضد رسب

پوشش‌های فتوکاتالیتیک [۲۶، ۲۷]

فوتوکاتالیز یک فناوری اکسیداسیون پیشرفته است که از توانایی ردوكس فتوکاتالیست‌های نیمه‌رسانا در شرایط نوری برای تجزیه آب دریا و حل اکسیژن استفاده می‌کند. این فرآیند منجر به تولید مقادیر زیادی گونه‌های فعال اکسیژن (ROS) مانند رادیکال‌های سوپراکسید، اکسیژن سینگلت و رادیکال‌های هیدروکسیل (OH⁻) می‌شود. این مواد می‌توانند به شدت با اجزایی مانند لیپیدها، پلی‌ساقاریدها و پروتئین‌ها در غشای سلولی باکتری‌ها واکنش داده و باعث پاره شدن غشای سلولی و در نتیجه مرگ باکتری‌ها شوند. بنابراین، مواد ضد رشد دریایی فتوکاتالیستی دارای خصوصیات خوبی مانند سمیت کم و سازگاری با محیط زیست هستند و چشم‌اندازهای خوبی برای کاربرد در زمینه جلوگیری از رشد دریایی دارند. پوشش‌های فتوکاتالیستی قبلی عمدهاً بر اساس اکسید تیتانیوم (TiO₂) و اکسید روی (ZnO) بوده‌اند.

لایه‌ای هیدراسیونی را تشکیل می‌دهد که جلوی چسبندگی مواد رسوب کننده مانند پروتئین‌ها، باکتری‌ها و جلبک‌ها را می‌گیرد. به طور همزمان، با مهاجرت PNIPAM-SH، نانوذرات نقره نیز به سطح منتقل می‌شوند که با کشتن موثر ارگانیسم‌های دریایی عملکرد ضد رسوب‌گیری را بهبود می‌بخشد (شکل ۸). علاوه بر این، هیدروژل‌ها می‌توانند به عنوان ماتریس‌های پلیمری فعال زیستی برای جذب باکتری‌های زنده استفاده شوند. برخی از این باکتری‌ها مولکول‌های سیگنال‌دهنده‌ای تولید می‌کنند که می‌توانند فرآیندهای چسبندگی و پیوستگی ارگانیسم‌های آلوده‌کننده را کنترل کنند. با این حال، کاربرد هیدروژل‌ها نیاز به آزمایش‌های گستردگری دارد. دوره‌های آزمایش ضدآلودگی هیدروژل‌های توسعه‌یافته معمولاً بین ۱ تا ۳ ماه است، در حالی که پوشش‌های ضدآلودگی تجاری معمولاً چندین سال خاصیت خود را حفظ می‌کنند. بنابراین، باید آزمایش‌های بلندمدت‌تری در شرایط دریایی انجام شود. همچنین یانگ و همکارانش [۲۴] با موفقیت یک پوشش ژل ضدآلودگی مبتنی بر پلی‌اکریل‌آمید متصل شده به پلی‌اتیلن گلیکول تهیه کردند که می‌تواند به طور یکنواخت و متراکم سطوح مختلف زیرلایه را پوشاند. لایه میانی اپوکسی معرفی شده، چسبندگی قوی غیرکووالانسی به سطوح مختلف و پیوند کووالانسی به لایه هیدروژل را فراهم می‌کند و بدین ترتیب بهبود قابل توجهی در قابلیت چسبندگی و پایداری مکانیکی پوشش هیدروژلی ایجاد می‌کند. این پوشش هیدروژلی همچنین خواص ضدآلودگی بسیار عالی را نشان داد.

می شود. بنابراین، ساختار هتروجانکشن غیرآلی-آلی $\text{Cu}_2\text{O}/\text{PDINH}$ پتانسیل بالایی برای کاربردهای عوامل ضد رشد دریایی دوستدار محیط زیست دارد [۲۸].

پوشش‌های سطوح متخلخل تزریق شده با مایع لغزان

پوشش‌های سطوح متخلخل تزریق شده با مایع لغزان (SLIPS)^{۱۷} موادی هستند که با تزریق روان‌کننده‌های با انرژی سطحی پایین به زیرایه‌های دارای ساختارهای میکرو/نانو متخلخل، یک لایه روان‌کننده پیوسته و پایدار ایجاد می‌کنند. این پوشش‌ها دارای خواص آب‌گریزی عالی، اصطکاک پایین، عدم چسبندگی و خودترمیمی هستند و در زمینه‌های حفاظت در برابر خوردگی، ضدیخ، ضدباکتری و ضدخرze کاربرد دارند [۲۹].

در پوشش‌های SLIPS، پلیمرهایی مانند پلی‌دی‌متیل سیلوکسان (PDMS) برای بهبود دوام و پایداری این پوشش‌ها استفاده می‌شوند. PDMS با خواص آب‌گریزی و توانایی جلوگیری از نفوذ مایعات خورنده، نقش مهمی در تقویت عملکرد ضدخرze این پوشش‌ها دارد. PDMS دارای خاصیت آب‌گریزی بسیار بالاست که به جلوگیری از چسبندگی آب و کاهش اصطکاک سطح کمک می‌کند و مقاومت بالایی در برابر مواد شیمیایی خورنده دارد، که این ویژگی باعث افزایش دوام پوشش‌های SLIPS در محیط‌های خورنده می‌شود. ساختن آرایه‌های ریزساختاری با استفاده از PDMS به عنوان لایه اول، امکان ذخیره بیشتر روان‌کننده و بهبود پایداری لایه روان‌کننده را فراهم می‌کند. حتی در صورت شکست لایه روان‌کننده،

که تحت شرایط UV پایداری شیمیایی و خواص ضد رشد دریایی خوبی نشان می‌دهند. با این حال، استفاده از نور مرئی در این پوشش‌ها بسیار کم است. در حال حاضر، تحقیقات بر بهبود فتوکاتالیستی و استفاده از نور مرئی متتمرکز شده است. اکسید مس (CuO_2) به دلیل معايیت مانند خطرات سمی برای آلودگی محیط زیست و ناتوانی در تولید اکسیژن سینگلت تحت نور، استفاده محدودی در جلوگیری از رشد دریایی داشته است. با این حال، در سال‌های اخیر، مطالعات نشان داده‌اند که ساختارهای هتروجانکشن^{۱۸} نیمه‌رسانه‌ای غیرآلی-آلی می‌توانند کنترل دقیق غلظت، استفاده از طیف کامل نور خورشید و تولید را ممکن سازند. پلی‌اتیلن ۳، ۹، ۱۰-تترامتیلبنزیدین (PDINH) به دلیل پایداری حرارتی نوری عالی، جذب طیف کامل خورشید و قابلیت حمل بار زیاد به طور گستره‌ای استفاده می‌شود. بنابراین، با طراحی منطقی ساختارهای $\text{Cu}_2\text{O}/\text{PDINH}$ می‌توان خطرات سمی Cu_2O برای آلودگی محیط زیست را کاهش داد، استریلیزاسیون تحت طیف کامل نور خورشید را امکان‌پذیر ساخت و نقص ذاتی Cu_2O در تولید سینگلت را برطرف کرد و فعالیت ضد باکتریایی فتوکاتالیستی طولانی‌مدتی را نشان داد. نرخ بازدازندگی از رشد باکتری‌ها پس از ۳۰ روز بالای ۹۰ درصد باقی ماند و نتایج تست‌های ضد رشد نشان داد که پوشش ضد رشد $\text{Cu}_2\text{O}/\text{PDINH}$ پس از ۶۰ روز غوطه‌وری تقریباً هیچ گونه آلودگی نداشت. مکانیزم ضد باکتری ساختار $\text{Cu}_2\text{O}/\text{PDINH}$ ترکیبی از سمیت یون‌های مس و تولید مداوم گونه‌های فعال اکسیژن (ROS) است که توسط طیف کامل نور خورشید فعال

ضد میکروبی از طریق تعاملات الکترواستاتیک، پیوند هیدروژنی و کوالانسی بین این لایه‌ها به سطح متصل می‌شوند. این روش چندکاره امکان آزادسازی کنترل شده و فعالیت پایدار پیتیدهای ضد میکروبی را فراهم می‌کند. شکلا و همکاران [۳۲] پیتید ضد میکروبی را در فیلم‌هایی که بر اساس این روش مونتاژ شده بودند، دوب کرده و آزاد کردند، که نشان داد این فیلم‌ها آزادسازی کنترل شده پیتید و مهار موثر رشد باکتری ها را دارند.

روش خودآرایی مونومر^۱ (SAM) شامل خودآرایی مونومرها برای ثبیت کوالانسی پیتیدهای ضد میکروبی بر روی سطح مواد است، که با راستی و یا قطبیت سطح را تنظیم می‌کند تا اتصال و فعالیت پیتیدها بهینه شود. این روش امکان تنظیم دقیق خواص سطحی برای بهبود تعاملات پیتید و افزایش اثربخشی ضد میکروبی را فراهم می‌کند. همچنین پژوهشگران از یک فاصله‌دهنده بیومیمتیک بیوتین پلی(اتیلن گلایکول) (EG11-MAL) برای ثبیت پیتید ضد میکروبی بر روی سطوح طلا استفاده کردند و این سطوح توانستند به طور موثری عمل کنند.



^{۱۸} Antimicrobial peptides
^{۱۹} Polymer brush method

پوشش PDMS می‌تواند از نفوذ مایعات خورنده جلوگیری کند و با انرژی سطحی پایین، چسبندگی موجودات خزه‌دار را مهار کند [۳۰].

سطح اصلاح شده با پیتید

پیتیدهای ضد میکروبی^{۱۸} (AMPs) از اجزای مهم سیستم ایمنی طبیعی موجودات زنده هستند. این پیتیدها که معمولاً کمتر از ۱۰۰ اسید آمینه دارند، دارای فعالیتهای بیولوژیکی مختلفی مانند خواص ضد باکتری و ضد قارچی هستند.

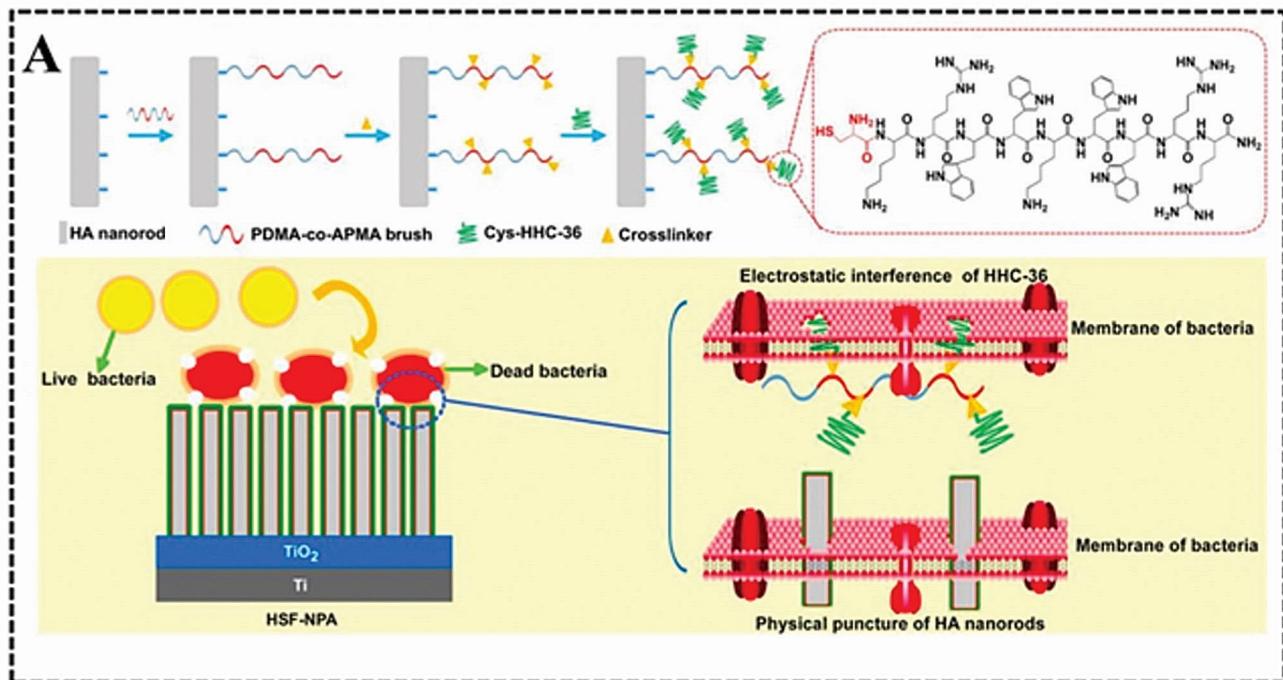
روش برس پلیمری^{۱۹} شامل ثبیت کوالانسی پیتیدهای ضد میکروبی بر روی سطح مواد از طریق گروههای واکنش‌دهنده در انتهای مولکول‌های پلیمری پس از فعالسازی است. در روش برس پلیمری رزین‌های پلیمری کاربردی مانند پلی‌اتیلن گلایکول (PEG) و دیگر برس‌ها با گروههای واکنش‌دهنده معمولاً استفاده می‌شوند. این روش امکان جهت‌گیری سریع و آزاد پیتیدهای متصل در رابط ایمپلنت-محیط را فراهم می‌کند، که باعث تسهیل تعاملات پیتید-باکتری و افزایش خواص حفاظتی لایه پیتید متصل به سطح ماده می‌شود. لی و همکاران [۳۱] از یک برس پلیمری (PDMA-co-APMA) برای اتصال پیتیدهای ضد میکروبی به نانومیله‌های هیدروکسی آپاتیت استفاده کردند. این سیستم فعالیت ضد عفونی کنندگی بالایی را حفظ کرده و توانست ۹۹.۵٪ از باکتری ها را بکشد (شکل ۹) [۳۱].

روش لایه‌لایه^{۲۰} (LBL) شامل تهیه پوشش‌ها بر روی سطوح زیرلایه با رسوب‌دهی متوالی لایه‌های پلی‌کاتیون‌ها و پلی‌آنیون‌ها است. پیتیدهای



^{۲۰} Layer stacking

^{۲۱} Monomer self-assembly



شکل ۹: تصویری از فرآیند تهیه و مکانیسم باکتری کش سینزیک پپتید ضد میکروبی HA-Cys-HHC-36 مرتبط با نانومیله های

بسیار مهم است. پلیمرهایی نظیر پلیدی متیل سیلوکسان (PDMS) به دلیل ویژگی های سطحی خاص خود، از جمله انرژی سطحی پایین و خاصیت ارجاعی، به عنوان مواد حامل در پوشش های رهایش مورد استفاده قرار گرفته اند. با این حال، محدودیت هایی مانند استحکام مکانیکی پایین و چسبندگی ضعیف PDMS به سطوح نیازمند بهبود و اصلاحات بیشتری است. علاوه بر PDMS، پلیمرهای دیگری مانند پلی اتیلن گلیکول (PEG)، فلوروپلیمرها و نانومواد مختلف نیز در توسعه پوشش های ضد رسوب به کار رفته اند. پلی اتیلن گلیکول (PEG) به دلیل خاصیت هیدروفیلیک و توانایی ایجاد لایه های آبی که از چسبندگی ارگانیسم های دریایی جلوگیری می کنند، مورد توجه قرار گرفته است. فلوروپلیمرها نیز به دلیل انرژی سطحی بسیار پایین و مقاومت شیمیایی بالا، در پوشش های ضد رسوب استفاده می شوند.

نتیجه گیری

این مطالعه به بررسی جامع تأثیر رسوبات زیستی دریایی بر روی تجهیزات و سازه های دریایی و روش های مقابله با آن ها پرداخته است. با توجه به نگرانی های زیست محیطی ناشی از استفاده از پوشش های ضد رسوب سنتی که حاوی فلزات سنگین و سمی هستند، تحقیقات به سمت توسعه پوشش های ضد رسوب سازگار با محیط زیست هدایت شده است.

پیشرفت های اخیر در زمینه پوشش های ضد رسوب شامل پوشش های رهاش، فوتوكاتالیتیک، عوامل ضد رسوب طبیعی، مواد میکرو/نانوساختار و پوشش های هیدروژلی بوده است. همچنین، به روش های اصلاح سطحی و استفاده از پپتیدهای ضد میکروبی به دلیل ویژگی های زیست سازگار و فعالیت ضد میکروبی گستره ده آن ها توجه ویژه ای شده است. نقش پلیمرها در توسعه پوشش های ضد رسوب سازگار با محیط زیست



[2] He, B., et al., Grafting embedded poly(ionic liquid) brushes on biomimetic sharklet resin surface for anti-biofouling applications. *Progress in Organic Coatings*, 2021. 157: p. 106298.

[3] Liu, D., et al., Research Progress on New Environmentally Friendly Antifouling Coatings in Marine Settings: A Review. *Biomimetics*, 2023. 8(2): p. 200.

[4] Silverman, H. and F. Roberto, Understanding Marine Mussel Adhesion. *Marine biotechnology* (New York, N.Y.), 2007. 9: p. 661-81.

[5] Jain, A. and N. Bhosle, Biochemical composition of the marine conditioning film: Implications for bacterial adhesion. *Biofouling*, 2008. 25: p. 13-9.

تحقیقات اخیر نشان داده است که افزودن نانومواد به ماتریس‌های پلیمری می‌تواند خواص مکانیکی و چسبندگی این پوشش‌ها را بهبود بخشد. به عنوان مثال، ترکیب نانوذرات مس اکسید، نقره و دی‌اکسید سیلیکون در ماتریس PDMS توانسته است بهبودهای قابل توجهی در خواص مکانیکی و عملکرد ضد رسوب این پوشش‌ها ایجاد کند. همچنین، استفاده از گرافن و مشتقات آن، مانند اکسید گرافن و اکسید گرافن کاهش یافته، به دلیل خواص مکانیکی برتر و فعالیت ضد میکروبی، در بهبود عملکرد پوشش‌های پلیمری نقش مهمی ایفا کرده‌اند.

mekanizm تشکیل و چسبندگی ارگانیسم‌های رسوب‌گذار دریایی و مراحل مختلف این فرآیند از تشکیل فیلم شرطی تا توسعه زیست لایه و تشکیل زیستگاه رسوب گذاری نیز مورد بررسی قرار گرفته است.

در نهایت، تحقیقات آینده باید بر بهبود خواص مکانیکی و ویژگی‌های سطحی پوشش‌ها و استفاده از نانومواد برای افزایش کارایی و پایداری این پوشش‌ها متمرکز شود. به طور کلی، این بررسی نشان می‌دهد که با وجود پیشرفت‌های قابل توجه در زمینه توسعه پوشش‌های ضد رسوب سازگار با محیط زیست، نیاز به تحقیقات بیشتر برای بهبود و افزایش کارایی این پوشش‌ها همچنان احساس می‌شود.

مراجع

[1] Soleimani, S., et al., Eco-friendly foul release coatings based on a novel reduced graphene oxide/Ag nanocomposite prepared by a green synthesis approach. *Progress in Organic Coatings*, 2021. 151: p. 106107.

- [15] Darya, M., et al., Antifouling coating based on biopolymers (PCL/ PLA) and bioactive extract from the sea cucumber *Stichopus herrmanni*. *AMB Express*, 2022. 12(1): p. 24.
- [16] Levert, A., et al., Antifouling Activity of Meroterpenes Isolated from the Ascidian *Aplidium aff. densum*. *Marine Biotechnology*, 2021. 23(1): p. 51-61.
- [17] Carman, M.L., et al., Engineered antifouling microtopographies--correlating wettability with cell attachment. *Biofouling*, 2006. 22(1-2): p. 11-21.
18. Qin, L., et al., Drag reduction and antifouling properties of non-smooth surfaces modified with ZIF-67. *Surface and Coatings Technology*, 2021. 427: p. 127836.
- [19] Zhao, L., et al., Layer-by-Layer-Assembled antifouling films with surface microtopography inspired by *Laminaria japonica*. *Applied Surface Science*, 2020. 511: p. 145564.
- [20] Cao, P., et al., Combining topography and peptide to inhibit algae attachment: Preparation of peptide-modified microstructured surfaces. *Surface and Interface Analysis*, 2021. 53(11): p. 973-981.
- [21] Xie, Q., et al., Dynamic surface antifouling: mechanism and systems. *Soft Matter*, 2019. 15(6): p. 1087-1107.
- [22] Zhang, L.-Y., et al., Hydrogel-Anchored Fe-Based Amorphous Coatings with Integrated Antifouling and Anticorrosion Functionality. *ACS Applied Materials & Interfaces*, 2023. 15(10): p. 13644-13655.
- [23] Zhang, L.Y., et al., Hydrogel-Anchored Fe-Based Amorphous Coatings with Integrated Antifouling and Anticorrosion Functionality. *ACS Appl Mater Interfaces*, 2023. 15(10): p. 13644-13655.
- [24] Yang, J., et al., Spray-Painted Hydrogel Coating for Marine Antifouling. *Advanced*
- [6] Lee, W., et al., Evaluation of surface properties of reverse osmosis membranes on the initial biofouling stages under no filtration condition. *Journal of Membrane Science*, 2010. 351(1): p. 112-122.
- [7] Dafforn, K.A., J.A. Lewis, and E.L. Johnston, Antifouling strategies: History and regulation, ecological impacts and mitigation. *Marine Pollution Bulletin*, 2011. 62(3): p. 453-465.
- [8] Castro Í, B., et al., TBT is still a matter of concern in Peru. *Chemosphere*, 2018. 205: p. 253-259.
- [9] Rahaman, M.S., et al., Control of biofouling on reverse osmosis polyamide membranes modified with biocidal nanoparticles and antifouling polymer brushes. *Journal of Materials Chemistry B*, 2014. 2(12): p. 1724-1732.
- [10] Gomathi Sankar, G., et al., Polydimethyl siloxane nanocomposites: Their antifouling efficacy in vitro and in marine conditions. *International Biodeterioration & Biodegradation*, 2015. 104: p. 307-314.
- [11] Selim, M.S., et al., Recent progress in marine foul-release polymeric nanocomposite coatings. *Progress in Materials Science*, 2017. 87: p. 1-32.
- [12] Ramanujam Padmavathi, A., et al., Enhanced antifouling property of polydimethylsiloxane-CuO nanocomposite in marine environment. *Materials Letters*, 2021. 301: p. 130342.
- [13] Wang, T., et al., Protein-Resistant Amphiphilic Copolymers Containing Fluorosiloxane Side Chains with Controllable Length. *ACS Applied Polymer Materials*, 2022. 4(10): p. 7903-7910.
- [14] Guazzelli, E., et al., New amphiphilic copolymers for PDMS-based nanocomposite films with long-term marine antifouling performance. *Journal of Materials Chemistry*





- [25] Lu, G., et al., Fabrication of bio-based amphiphilic hydrogel coating with excellent antifouling and mechanical properties. *Chemical Engineering Journal*, 2021. 409: p. 128134.
- [26] Fauzi, A.A., et al., A critical review on relationship of CeO_2 -based photocatalyst towards mechanistic degradation of organic pollutant. *Chemosphere*, 2022. 286: p. 131651.
- [27] Scandura, G., et al., Nanoflower-Like Bi_2WO_6 Encapsulated in ORNOSIL as a Novel Photocatalytic Antifouling and Foul-Release Coating. *Chemistry – A European Journal*, 2016. 22(21): p. 7063-7067.
- [28] Ma, C., et al., Full solar spectrum-driven $\text{Cu}_2\text{O}/\text{PDINH}$ heterostructure with enhanced photocatalytic antibacterial activity and mechanism insight. *Journal of Hazardous Materials*, 2023. 448: p. 130851.
- [29] Tong, Z., et al., Hagfish-inspired Smart SLIPS Marine Antifouling Coating Based on Supramolecular: Lubrication Modes Responsively Switching and Self-healing Properties. *Advanced Functional Materials*, 2022. 32(27): p. 2201290.
- [30] Li, D., et al., An engineering-oriented approach to construct rough micro/nano-structures for anticorrosion and antifouling application. *Colloids and Surfaces A: Physicochemical and Engineering Aspects*, 2021. 621: p. 126590.
- [31] Li, K., et al., Polymer brush grafted antimicrobial peptide on hydroxyapatite nanorods for highly effective antibacterial performance. *Chemical Engineering Journal*, 2021. 423: p. 130133.
- [32] Shukla, A., et al., Controlling the release of peptide antimicrobial agents from surfaces.

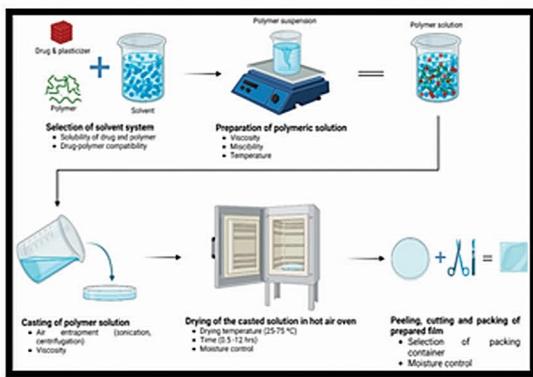


أخبار

أخبار

◀ کیان شاهمرادی

Kiyanshahmorady1382@gmail.com



شکل ۱: فرآیند تشکیل فیلم مصنوعی.

مسئله‌ای به کمک پروفوسور اورلین^۲ و لو به آن پاسخ داده می‌شود:

براساس تحقیقات دانشگاه کارولینای شمالی، موادی با ساختار پیشرفت‌های برگرفته از سخت پوستان و جلبک‌های دریایی می‌توانند بخشی از پاسخ نسل بعدی به چالش جایگزینی لایه‌های پلاستیکی مبتنی بر نفت باشند. برای مثال ترکیب کیتوزان^۳، یک بایوپلیمر که عامل سختی پوست خرچنگ است، با آگارز^۴، یک بایوپلیمر استخراج شده از جلبک دریایی که برای ساخت ژل استفاده می‌شود، فیلم‌های کامپوزیتی بیوپلیمری منحصر به فردی با استحکام بیشتر ایجاد می‌کند.

همچنین این فیلم‌ها تخریب پذیر، دارای خواص ضد باکتریایی، ضدآب و شفاف هستند. این فیلم‌ها در نهایت می‌توانند منجر به تولید فیلم‌هایی تخریب‌پذیر برای برای بسته‌بندی مواد غذایی و کالاهای مصرفی شوند. همچنین در پایان این مقاله پروفوسور ولو در حوزه جایگزینی پلیمرهای مصنوعی به این نکته اشاره کرد:

تحقیقان بایوپلیمرهای برگرفته شده از اقیانوس را برای جایگزینی فیلم‌های پلاستیکی مصنوعی ترکیب می‌کنند.

این روزها پلیمرها در زندگی روزمره ماستفاده زیادی دارند، از لباسی که می‌پوشیم است، عینکی که به چشم می‌زنیم حتی ساعتی که به دستمن می‌بندیم ولی با این حال یکی از مهم ترین این کاربردها فیلم‌های پلیمری است که در صنایعی مانند بسته‌بندی، ساختمان سازی و عکاسی مورد استفاده روزمره انسان‌ها قرار می‌گیرد.

حدودا در سال ۱۸۶۸ میلادی بود که شخصی به نام جان وزلی هیت^۱ سلولوفید(سالولز نیترات) را ساخت و چرخ تولید پلیمرها را به حرکت در آورد.

از آن زمان علم پلیمر به مرور زمان پیشرفت‌های گوناگونی رسید. پلیمرهای جدیدتر با خواص مکانیکی بهتر ساخته شدند، فرآیندهای پلیمریزاسیون بهبود یافتند و در همین حین بود که شخصی به نام جورج ایستمن سعی کرد که جایگزینی برای فیلم‌های عکاسی سنگین آن زمان پیدا کند. ایستمن با ترکیب سالولز نیترات و یک حلal اولین فیلم پلیمری را ساخت.

به زمان حال بازگردیدم، فیلم‌های پلیمری در تمامی صنایع استفاده می‌شوند ولی حال در طولانی مدت با مسئله‌ای جدید مواجه خواهیم شد، دفع و بازیافت.

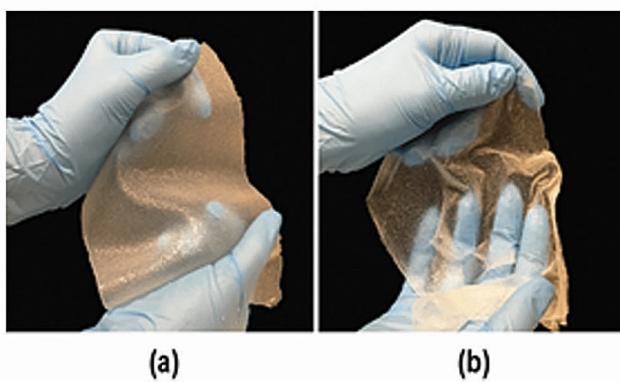
^۱John Wesley Hyatt

^۲Orlin D. Velev

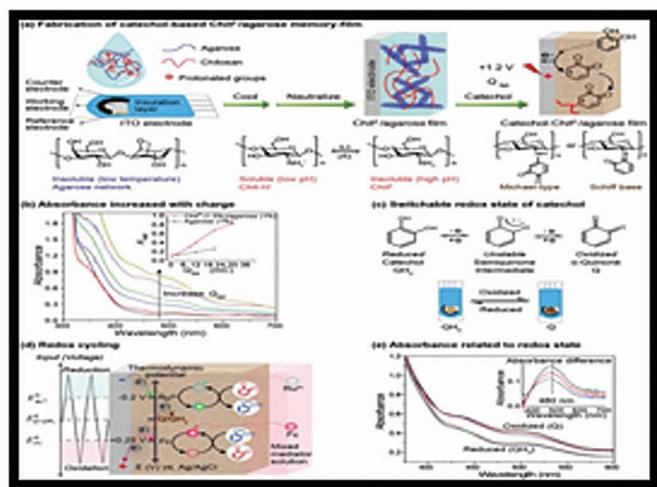


^۳Chitosan

^۴Agarose



شکل ۳. تصاویری از فیلم کیتوzan/آگارز ساخته شده در حالت: (a) فیلم در حالت مرطوب با ضخامت ۰.۱۵ میلی متر. (b) فیلم در حالت مرطوب با ضخامت ۰.۲۱۲ میلی متر.



شکل ۴. (a) ساخت فیلم کاتکولی بر مبنای کیتوzan-آگارز، (b) نمودار جذب بر مبنای افزایش جریان الکتریکی، (c) اکسایش کاهش متناوب کاتکول (d) چرخه اکسایش کاهش، (e) نمودار جذب بر مبنای اکسایش کاهش

را با موادی الیاف مانندی به نام "کلوئید های دندربیتی نرم" که مشکل از کیتوzan هستند در ابعاد کلوئیدی^۵ تقویت کردند. فیبر های کیتوzan به علت شاخه ای بودن در ابعاد میکرو و نانو در فیلم های آگارزی بسته به محلی که فیلم قرار است اعمال شود باعث ایجاد استحکام و ثبات می شوند.

در پایان این مقاله دکتر ولو خاطر نشان کرد که آزمایشگاهش همچنان به تحقیق و توسعه فیلم های بایوپلیمری با این هدف که خواص آن ها با فیلم های مصنوعی برابری کند ادامه خواهد داد.

مرجع

Kulikowski, Mick. A novel sandwich-structured composite from biopolymers for building envelope applications. 11 December 2023.

<<https://phys.org/news/2023-12-sandwich-structured-composite-biopolymers-envelope-applications.html>>.

او شروع به بررسی دسته‌ای از پلیمرها به نام پلی‌هیدروکسی آلانوات‌ها^۷ کرد که نوعی پلی‌استر طبیعی^۸ است که توسط باکتری‌ها و سایر میکروارگانیسم‌ها^۹ و گیاهان تولید می‌شود. نودا توضیح داد که مشکل این بود که پلی‌هیدروکسی آلانوات‌هایی که در آن زمان شناخته شده بودند بسیار سفت^{۱۰} و شکننده^{۱۱} بودند و در اکثر کاربردهای عملی مفید نبودند.

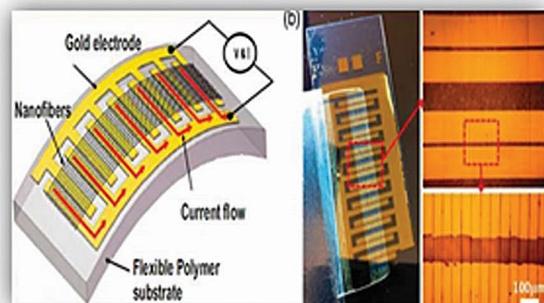
نودا با اشاره به طول زنجیره گروه جانبی آلکیل در پلیمر توضیح داد: "من در حال تحلیل طیفسنجی‌های زیادی بودم و متوجه شدم که باید بتوانیم باکتری‌هایی را پیدا کنیم که می‌توانند ساختار مولکولی پلی‌هیدروکسی آلانوات‌ها را به روش خاصی تغییر دهند.

این شاخه‌ها می‌توانند متیل یا اتیل باشند که به راحتی نمی‌توان آنها را ذوب یا پلیمریزه کرد. اما وقتی این شاخه را به سه کربن گسترش دهید، یعنی پروپیل یا حتی طولانی‌تر، ناگهان مواد را می‌توان آسان‌تر پلیمریزه کرد و به پلاستیکی قوی و مفید تبدیل شد."

این پلیمر زیست تخریب پذیر^{۱۲} با نام تجاری نوداکس، امروزه در مقیاس صنعتی توسط صنایع دنیمر^{۱۳}، یک شرکت بایوتکنولوژی با تمرکز بر ایجاد مواد پایدار برای جایگزینی پلاستیک‌های معمولی تولید می‌شود. دانشگاه دلاور همچنین یک مشارکت مداوم با صنایع دنیمر دارد که از تلاش‌های اخیر برای ثبت اختراع پشتیبانی می‌کند.

ثبت اختراع جدید برای پلیمرهای مبتنی بر زیست برای استفاده در دستگاه‌های پیزوالکتریک

مهندسان دانشگاه دلاور^۱، موفق به ثبت اختراع برای تولید بایوپلیمر^۲ به نام نوداکس^۳ شدند که با استفاده از آن دستگاه‌های پیزوالکتریک^۴ ساخته می‌شود. این پلیمر زیست تخریب پذیر، توسط پروفسور ایسائو نودا^۵ سنتز شده است و خواص پیزوالکتریک بالایی دارد. به این معنی که می‌تواند در اثر خم شدن یا تغییر شکل برق تولید کند. این اختراع می‌تواند جایگزین مواد پیزوالکتریک سنتی که شامل مواد شیمیایی مضر هستند بشود و کاربردهای گسترده‌ای در سنسورها و محرک‌ها داشته باشد.



شکل ۱: شماتیک (سمت چپ) و یک ماده پیزوالکتریک آلی که نشان می‌دهد چگونه می‌توان از این مواد برای هدایت جریان الکتریکی استفاده کرد (سمت راست).

زمانی که پروفسور نودا به عنوان یک دانشمند در پروکتر و گمبل^۶ کار می‌کرد، وظیفه یافتن نوع جدیدی از مواد زیست تخریب پذیر برای پوشک و بسته بندی یکبار مصرف را بر عهده داشت.

^۱University of Delaware

^۲Biopolymer

^۳Nodax

⁴Piezoelectric

⁵Isao Noda

⁶The Procter & Gamble Company (P&G)



⁷ Polyhydroxyalkanoates (PHA's) ¹⁰ stiff ¹³ danimer scientific

⁸ natural polyester

⁹ micro organisms

¹¹ brittle

¹² Biodegradable polymer

یافته‌ها مبنی بر این است که نوداکس دارای خواص پیزوالکتریک بالایی است و به این معنی است که می‌تواند به طور بالقوه در حسگرها یا محرکها استفاده شود. نوداکس همچنین ممکن است به عنوان یک جایگزین احتمالی برای پلی وینیلیدین فلوراید^{۱۴}، یک ماده پیزوالکتریک رایج که از پلی فلوئوروآلکیل^{۱۵} ساخته شده است، استفاده شود. صنایع دنیمر در حال حاضر با شرکای خود برای تولید الیاف نساجی با استفاده از نوداکس برای جایگزینی الیاف معمولی کار می‌کند موادی مانند پلی اتیلن ترفتالات^{۱۶} و پلی پروپیلن^{۱۷}.

مرجع

Brockmeier, Erica K. New patent for bio-based polymer to be used in piezoelectric devices. 07 may 2024. University of Delaware. 07 june 2024.
[<https://phys.org/news/2024-05-patent-bio-based-polymer-piezoelectric.html>](https://phys.org/news/2024-05-patent-bio-based-polymer-piezoelectric.html).

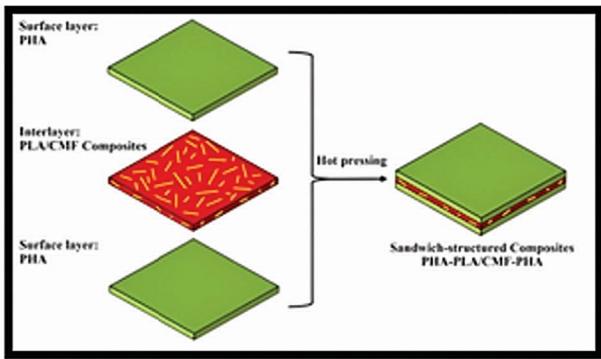
برخلاف روشی که پلاستیک‌های استاندارد ساخته می‌شود، نوداکس در مخازن بزرگی از باکتری‌ها با استفاده از مواد خام گیاهی تولید می‌شود. سپس پلیمرهای فرموله شده نوداکس توسط شرکت‌های دیگر خریداری می‌شود تا محصولات نهایی مختلف با نرخ تجزیه زیستی مشابه سلولز یا ضایعات مواد غذایی تولید شود.



شکل ۲: پلیمرهای نوداکس برای تولید انواع محصولات نهایی با نرخ تجزیه زیستی مشابه سلولز یا ضایعات مواد غذایی استفاده می‌شود.

نودا همچنین اضافه کرد: "دانیمر ساینتیفیک پیشگام در تولید تجاری پلی‌هیدروکسی آلکانوات‌های طبیعی است که مواد زیست تخریب پذیر، کمپوست پذیر، تجدیدپذیر و کاملاً تایید شده را برای بسیاری از کاربردهای مختلف خدمات غذایی و بسته بندی مانند قهوه و چنگال، پوشش‌های کاغذی، کپسول‌های فیلم‌های انعطاف‌پذیر ارائه می‌کند."

^{۱۴}Polyvinylidene fluoride (PVDF)
^{۱۵}Per- and polyfluoroalkyl substances (PFAS)



شکل ۱. شماتیک تشکیل یک کامپوزیت لایه‌ای.

پوشش ساختمان بخشی ضروری از سازه ساختمان است که ساکنان را از اثرات محیطی بیرونی از جمله نور خورشید، برف و باران، باد و انواع آلودگی‌ها محافظت می‌کند.

مکانیزم‌های نفوذ هوا، انتقال حرارت و نفوذ رطوبت می‌تواند تاثیر قابل توجهی روی پوشش ساختمان‌ها داشته باشد. در حال حاضر در صنعت ساختمان‌سازی برای مقابله با این پدیده از لایه‌های محافظتی متنوعی مانند ورقهای پلاستیکی یا عایق‌های فومی استفاده می‌شود.

در میان مواد ذکر شده پلیمرها به طور فزاینده‌ای برای ساخت پوشش ساختمان‌ها به کار می‌روند. دانشمندان حوزه پلیمر از ورقهای پلی‌اتیلن فشرده شده^۱ به عنوان لایه محافظتی در برابر بخار و رطوبت استفاده می‌کنند، اگرچه استفاده زیاد آن برای محیط زیست مضر است.

یک کامپوزیت با ساختار ساندویچی^۲ جدید متشکل از بایوپلیمرها^۳ که برای پوشش دهی ساختمان‌ها استفاده می‌شود.

هزاران سال است که بشر از کامپوزیتها استفاده کرده است. ۳۴۰۰ سال قبل از میلاد مسیح، اولین بار کامپوزیت به شکل سنتی، توسط ساکنان بین‌النهرین^۴ در عراق ساخته شد. آنها نوارهای چوبی را در زوایای مختلف روی هم می‌چسباندند تا تخته سه لایه ایجاد شود. پس از آن، در حدود ۲۱۸۱ قبل از میلاد، مصریان شروع به ساختن پاپیروس^۵ آغشته به گچ کردند

کامپوزیت‌های ساندویچ ساختار برای اولین بار در سال ۱۹۴۷ در ایالات متحده آمریکا برای پوشش سقف و عایق کاری منازل ساخته شد و از آن زمان به طور فزاینده‌ای تولید و در کاربردهای مختلف مورد استفاده قرار گرفت. با کشف این نوع از کامپوزیتها، در بسیاری از عایق‌ها از این سیستم استفاده می‌شود و مؤسسات مختلفی به شدت در حال توسعه ای کامپوزیتها هستند. پس از بحران جهانی انرژی، اکثر کشورهای توسعه یافته مانند اروپا و آمریکا به منظور کاهش مصرف انرژی ساختمان که حدود ۴۰ درصد از کل انرژی مصرفی را تشکیل می‌دهد، به شدت به گسترش ساختمان‌های کم مصرف، ساختمان‌های پیش ساخته با پنل‌های دیواری که قابلیت ذخیره انرژی بالایی دارد پرداختند به همین دلیل از سال ۱۹۷۳ کامپوزیت‌های لایه ای روز به روز بین پیمانکاران عمرانی محبوب‌تر شدند.

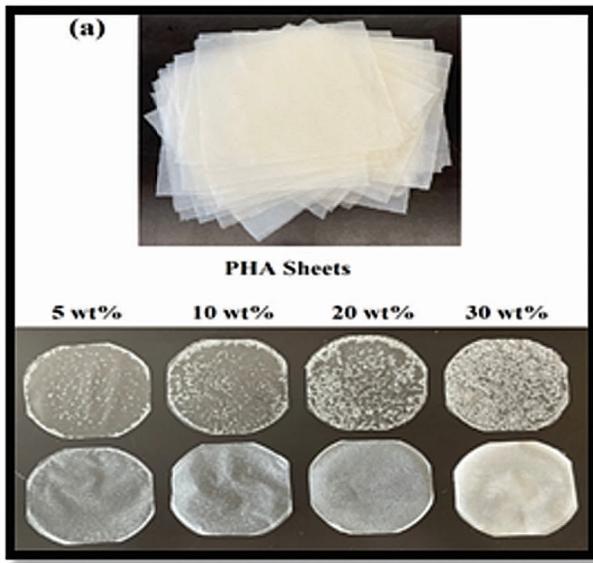
^۱ Sandwich-structured composite

^۲ Biopolymers

^۳ Mesopotamia

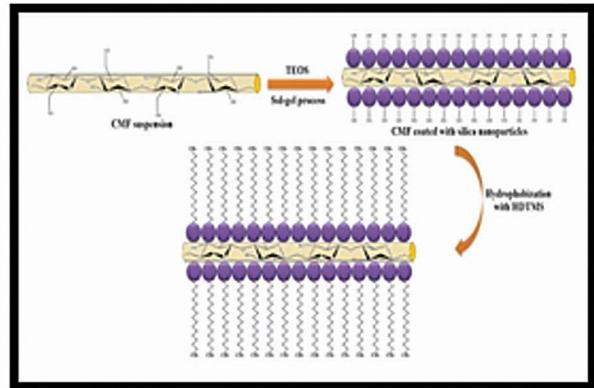
^۴ گیاهی از دسته نی‌ها که در اطراف رود تیل می‌روید و مصریان باستان در حدود ۲۰۰۰ سال

برای ایجاد زبری روی الیاف سلولز، این تیم نانو ذرات کروی شکل دیاکسید سیلیسیم را از هسته‌زایی و هیدرولیز کردن ترا اتیل اروتوسیلیکات^{۱۰} بر روی الیاف سلولز به دست آوردند. دادرس و همکارانش با استفاده از طیف سنجی فوریه ساختار شیمیایی میکروالیاف سلولزی را قبل و بعد از فرآیند سل-ژل^{۱۱} تعیین کردند.



شکل ۳: (a) تصویر بالا: صفحات پلی هیدرو آلکانوات تصویر پایین: کوچک مولکول پلی هیدروآلکانوات بر مبنای درصد رطوبت

به این ترتیب مسعود دادرس و تیمش یک عایق با ساختار ساندویچی با استفاده از مواد زیستی که شامل پلی هیدروکسی آلکانوات، پلی لاکتیک اسید و میکرو الیاف سلولز بود، ساختند. بنابراین این لایه محافظتی میزان نفوذ بخار آب درون دیوار را جویی تنظیم می‌کند که از تجمع رطوبت در درون دیوار جلوگیری شود.



شکل ۲: شماتیک تشکیل CMF، کامپوزیت فوم فلزی از طریق واکنش سل-ژل

از آنجایی که پلی هیدروکسی آلکانوات^۶ و پلی لاکتیک اسید^۷ بیopolymerهای مهمی در صنعت پلاستیک هستند و همچنین در کارهای اخیر فیلرهای مبتنی بر سلولز برای تولید کامپوزیتها استفاده شده است، از این پلیمرها در ترکیبات مواد استفاده می‌شود.

در همین هنگام بود که دکتر دادرس^۸ و همکارانش یک لایه کامپوزیت با ساختار ساندویچی مبتنی بر مواد زیستی جدید تولید کردند، که در آن از پلی هیدروکسی آلکانوات به دلیل خواص ضد رطوبتی آن در لایه بیرونی این عایق استفاده کردند و سپس به علت مسائل زیست محیطی و اقتصادی از پلی لاکتیک اسید و میکرو الیاف سلولزی^۹ در لایه‌های میانی آن استفاده کردند.

دانشمندان کامپوزیتهای ساندویچی را بر اساس مورفولوژی، پایداری حرارتی، خواص مکانیکی و مقاومت رطوبتی تقسیم بندی کردند. آن‌ها سپس آزمایش دوام را برای بررسی اثر گذر زمان بر روی مقاومت مکانیکی و مقاومت جوی انجام دادند.

^۶ polyhydroxyalkanoate

^۷ polylactic acid

^۸ Dr. Masoud Dadras Chomachayi

مرجع

Jeewandara, Thamarasee. A novel sandwich-structured composite from biopolymers for building envelope applications. 18 December 2023. 2024. <<https://phys.org/news/2023-12-sandwich-structured-composite-biopolymers-envelope-applications.html>>.

این تیم تحقیقاتی کامپوزیتی چند لایه‌ای را با استفاده از ورقه‌های پلی هیدروکسی آلکانوات و الیافی که توسط کامپوزیت‌های پلی لاکتیک تقویت شده توسعه دادند تا به کمک آن میکروالیاف سلولز اصلاح شده با نانوذرات کروی شکل سیلیکا بر روی سطوح ایجاد کنند. آب دوستی و پایداری حرارتی فیبرهای سلولزی نیز پس از فرآیند سل-ژل افزایش یافت.

نتایج بدست آمده از تحقیق نشان داد که در کامپوزیت‌ها مدول یانگ^{۱۲} مواد با ترکیب دو ماده کلیدی افزایش می‌یابد. همچنین در پایان این تحقیق نشان داد که بایوپلیمرها پتانسیل بسیار بالایی برای جایگزینی با مصالح ساختمانی‌ای که مبتنی بر نفت هستند دارد.



^{۱۲} Young's modulus



كفرانس



ارتباط نزدیکتر میان صنعت و دانشگاه می‌شود و تمهیداتی نیز برای برگزاری کارگاه‌های مرتبط با محورهای همایش فراهم آورده خواهد شد. محورهای اصلی آخرین دوره این کنفرانس شامل پردازش سیگنال بیولوژیکی، بیوانفورماتیک، مهندسی بافت، مهندسی بیومتریال، مدل‌سازی سیستم بیولوژیکی، بیومکانیک ورزشی، دستگاه‌های زیستی، مهندسی عصبی، پردازش تصویر پزشکی، مکانیک سیالات زیستی، ابزارآلات زیستی، توانبخشی، بیوالکترونیک، مهندسی بیوشیمیایی، مهندسی بیوشیمی، سیستم تحويل دارو و سایر رشته‌های مرتبط با مهندسی پزشکی است. با توجه به محورهای کنفرانس که به آن اشاره شد، کنفرانس مهندسی زیست پزشکی ایران، می‌تواند برای مهندسان پلیمر نیز بسیار مفید و مرتبط باشد. زیرا بسیاری از تجهیزات و ابزارهای پزشکی مانند پروتزها، ایمپلنت‌ها و داربست‌های مهندسی بافت از مواد پلیمری ساخته می‌شوند و مهندسان پلیمر می‌توانند در طراحی، ساخت و بهبود این محصولات پلیمری پزشکی نقش داشته باشند. بنابراین اولاً مهندسان پلیمر می‌توانند در این کنفرانس، آخرین دستاوردها و پژوهش‌های خود در رابطه با کاربرد پلیمرها در پزشکی را ارائه کنند که این امر موجب بهروزرسانی دانش سایر شرکت‌کنندگان و ایجاد همکاری‌های علمی جدید می‌شود.

معرفی کنفرانس: ۱۴۰۰ فاطمه حاج صادقی

hsdfatemeh@gmail.com

کنفرانس مهندسی زیست پزشکی ایران

کنفرانس مهندسی زیست پزشکی ایران یکی از مهم‌ترین و معتربرین رویدادهای علمی در حوزه مهندسی پزشکی در کشور است. این کنفرانس از سال ۱۳۸۰ (۲۰۰۱) به صورت سالانه برگزار می‌شود و دوره از آن برگزار شده است. این طول عمر نشان‌دهنده جایگاه پایدار و باثبات این کنفرانس در جامعه علمی مهندسی پزشکی ایران است. در این کنفرانس، استادان دانشگاه‌ها، پژوهشگران، دانشجویان و متخصصان حوزه مهندسی پزشکی از سراسر ایران حضور می‌یابند. این تنوع و گستردگی شرکت‌کنندگان نشان‌دهنده اعتبار و جذابیت این کنفرانس در میان جامعه هدف است. همچنین در این کنفرانس، آخرین دستاوردها و پژوهش‌های انجام‌شده در زمینه‌های مختلف مهندسی پزشکی مورد بحث و تبادل نظر قرار می‌گیرد که موجب بهروزرسانی دانش و اطلاعات شرکت‌کنندگان می‌شود. از طرفی، در حاشیه کنفرانس، نمایشگاهی از آخرین دستاوردهای صنعتی در حوزه تجهیزات پزشکی برگزار می‌شود که موجب تعامل و



کنفرانس و استفاده از کارگاه‌های آن، با ارائه مقالات خود به جشنواره با زبان فارسی یا انگلیسی، پس از داوری و تایید آن به دو صورت ارائه شفاهی یا پوستر از این فرصت برای کسب دانش و تجربه در این حوزه و چاپ مقالات استفاده کنند. برای کسب اطلاعات بیشتر و آشنایی با این کنفرانس، می‌توانید به آدرس سایت این کنفرانس به نشانی <https://icbme.ir> مراجعه نمایید.



مراجع

- <https://icbme.ir/>
- <https://bme.aut.ac.ir/>
- <https://www.mech.sharif.ir/fa/w/>
- <https://www.wikipedia.org/>

و از طرف دیگر، حضور مهندسان پلیمر در این کنفرانس به آنها کمک می‌کند تا با نیازها و چالش‌های موجود در صنعت تجهیزات پزشکی آشنا شده و این شناخت می‌تواند به آنها در توسعه محصولات پلیمری کاربردی‌تر برای حوزه پزشکی کمک کند. از موضوعات مفید و مرتبط با مهندسان پلیمر در این کنفرانس می‌توان به موضوعاتی نظیر: طراحی و ساخت پلیمرهای سازگار با محیط زیست و بدن انسان برای کاربردهای پزشکی مانند داربست‌های مهندسی بافت و سیستم‌های رهایش دارو، بررسی کاربرد نانوذرات پلیمری در زمینه‌های پزشکی مانند هدف‌گیری دارو و تصویربرداری پزشکی، ارائه پلیمرهایی که قادر به پاسخ دهنی به محرك‌های محیطی مانند تغییرات pH و دما برای کاربردهای زیست‌پزشکی هستند، طراحی و ساخت پلیمرهای مناسب برای تولید پروتزهای پزشکی، ارائه مطالعات درباره سازگاری زیستی و خواص مکانیکی بیومواد پلیمری مورد استفاده در تجهیزات پزشکی و بحث درباره تکنیک‌های ساخت و فرآیندهای پلیمری مناسب برای تولید محصولات پزشکی، اشاره کرد. در اخرین دوره این کنفرانس که سی و نهمین کنفرانس ملی و نهمین کنفرانس بین‌المللی مهندسی زیست پزشکی ایران می‌باشد، دانشکده مهندسی پزشکی دانشگاه صنعتی امیرکبیر با حمایت انجمن مهندسی زیست پزشکی ایران در آذر ماه ۱۴۰۳ اقدام به برگزاری این کنفرانس خواهد کرد و دانشجویان می‌توانند علاوه بر شرکت در این



معرفی‌ها

نگه می دارند و به آن ها کمک می کنند تا در محیط زخم به خوبی عمل کنند.

- بهبود خواص مکانیکی و ساختاری: پلیمرها می توانند به تقویت ساختار پانسمان های آمنیوستیک کمک کنند و خواص مکانیکی آن ها را بهبود بخشند. این خواص شامل استحکام، انعطاف پذیری و قابلیت کشش است که برای محافظت از زخمهای و ایجاد محیطی مناسب برای بهبود بسیار مهم است.
- کنترل رطوبت و تنفس پذیری: پلیمرهای زیست سازگار می توانند خواص کنترل رطوبت را به پانسمان ها اضافه کنند، به این صورت که رطوبت لازم برای بهبود زخم را حفظ کنند و در عین حال امکان تبادل گازها و اکسیژن رسانی را فراهم کنند.

ویژگی های آمنیوستین

۱. عاری از سلول های طبیعی: در فرآیند تولید آمنیوستین، تمام سلول های موجود در سطح پرده آمنیون برداشته می شوند. این اقدام باعث می شود که محصول نهایی به صورت یک پوشش شفاف و بدون هرگونه سلول زنده باشد. حذف سلول ها از آمنیون مزایای متعددی دارد، از جمله کاهش خطر واکنش های ایمنی و افزایش زیست سازگاری محصول با بدن انسان.

۲. دارای فاکتورهای زیستی فعال: آمنیوستین حاوی مجموعه ای از فاکتورهای زیستی فعال مانند کلازن، فیبرونکتین، لامینین، پروتوگلیکان و گلیکوز آمینو گلیکان است. این ترکیبات نقش حیاتی در فرآیند ترمیم زخم دارند:

معرفی محصول نوپا: آمنیوستین، پانسمان بیولوژیکی پیشرفته

◀ هلیا حیدری نسب

h_heydrinasab@aut.ac.ir

مقدمه

آمنیوستین یک پانسمان بیولوژیکی پیشرفته است که از پرده آمنیون انسانی مشتق شده و به عنوان یک پوشش بیولوژیکی عاری از سلول عمل می کند. این محصول به دلیل ویژگی های منحصر به فرد خود، نقش مهمی در درمان زخمهای مزمن، سوختگی ها، و جراحات چشمی ایفا می کند.



شکل ۱: آمنیوستین، پانسمان بیولوژیکی پیشرفته

در این پانسمان ها، پلیمرهای زیست سازگار نقش های متعددی را بر عهده دارند:

- حامل برای سلول ها: در محصولاتی مانند سل آمنیوستین که شامل سلول های زنده هستند، پلیمرها به عنوان یک ماتریکس زیست سازگار عمل می کنند که سلول ها را در جای خود

مدت زمان درمان و هزینه‌های مرتبط با آن منجر شود.

۲. سوختگی‌های شدید: سوختگی‌های شدید نیاز به درمان فوری و موثر دارند. آمنیوسین می‌تواند به عنوان یک پوشش محافظ برای سوختگی‌ها عمل کند، رطوبت لازم را حفظ کند و از عفونت جلوگیری نماید. همچنین، با استفاده از آمنیوسین، فرآیند ترمیم پوست آسیب‌دیده بهبود می‌یابد.

۳. جراحات چشمی: شفافیت و زیست‌سازگاری بالای آمنیوسین باعث می‌شود که این محصول برای درمان جراحات چشمی بسیار مناسب باشد. آمنیوسین می‌تواند به عنوان یک پوشش محافظ روی قرنیه قرار گیرد و به تسريع فرآیند ترمیم بافت‌های چشمی کمک کند. این ویژگی‌ها باعث می‌شود که آمنیوسین یک گزینه ایده‌آل برای درمان مشکلاتی مانند زخم‌های قرنیه، التهاب‌های چشمی و ترمیم بعد از جراحی‌های چشمی باشد.



شکل ۲: استفاده از آمنیوسین درپاسman.

مزایای آمنیوسین

۱. زیست‌سازگاری بالا: آمنیوسین به دلیل طبیعت بیولوژیکی خود و فقدان سلول‌های زنده، با بدن انسان کاملاً سازگار است و باعث

- کلژن: کلژن یکی از پروتئین‌های اصلی در بافت‌های بدن است که به تقویت ساختار و استحکام بافت‌های آسیب‌دیده کمک می‌کند.

- فیبرونکتین: این گلیکوپروتئین نقش مهمی در فرآیندهای ترمیم بافتی دارد و بافت‌های آسیب‌دیده را بهبود می‌بخشد.

- لامینین: لامینین به تقویت پیوند بین سلول‌ها و بافت‌های مختلف کمک می‌کند و نقش مهمی در حفظ ساختار و عملکرد بافت‌ها دارد.

- پروتون‌گلیکان و گلیکوز‌آمینو‌گلیکان: این ترکیبات نقش مهمی در حفظ رطوبت و افزایش انعطاف‌پذیری بافت‌ها دارند و به فرآیند بازسازی زخم کمک می‌کنند.

۳. شفافیت محصول: حذف سلول‌ها از سطح آمنیون نه تنها باعث افزایش شفافیت آمنیوسین می‌شود، بلکه این شفافیت را به یکی از ویژگی‌های منحصر به فرد این محصول تبدیل می‌کند. شفافیت آمنیوسین به ویژه در کاربردهای چشمی بسیار حائز اهمیت است، زیرا اجازه می‌دهد که پزشکان به راحتی وضعیت زخم یا جراحت را مشاهده و پیگیری کنند.

کاربردهای آمنیوسین

۱. درمان زخم‌های مزمن: آمنیوسین به دلیل دارا بودن فاکتورهای زیستی فعال، یک انتخاب مناسب برای درمان زخم‌های مزمن است. این زخما شامل زخماهای دیابتی، زخماهای بستر، و دیگر زخماهای سخت درمان پذیر می‌شود. استفاده از آمنیوسین در این موارد می‌تواند به تسريع فرآیند بهبود زخم کمک کند و به کاهش

- ماتریس خارج سلولی^۱ (ECM) : آمنیوسین حاوی اجزاء مختلفی از ماتریس خارج سلولی (ECM) است که شامل پروتئین‌های ساختاری و مولکول‌های زیستی فعال مانند کلازن، فیبرونکتین، لامینین، پروتئوگلایکان و گلیکوزامینوگلایکان می‌باشد. این ترکیبات نقش حیاتی در ساختاردهی و سازماندهی بافت‌ها دارند و به عنوان یک چارچوب پشتیبانی‌کننده برای سلول‌ها عمل می‌کنند.

- کلازن^۲ : به عنوان یکی از پروتئین‌های اصلی ECM، کلازن نه تنها به حفظ ساختار زخم کمک می‌کند بلکه با ایجاد محیط مناسب برای مهاجرت و تکثیر سلول‌های جدید، فرآیند ترمیم را تسريع می‌کند.

- فیبرونکتین^۳ و لامینین^۴ : این پروتئین‌ها به اتصال سلول‌ها به ماتریس خارج سلولی کمک کرده و نقش مهمی در تحریک مهاجرت و تکثیر سلول‌های کراتینوسیت و فیبروبلاست ایفا می‌کنند. این سلول‌ها برای بازسازی بافت آسیب‌دیده و ایجاد اپیتلیوم جدید ضروری هستند.

- پروتئوگلایکان^۵ و گلیکوزامینوگلایکان^۶ : این ترکیبات به حفظ رطوبت و انعطاف‌پذیری بافت‌ها کمک کرده و با جذب و ذخیره فاکتورهای رشد و مولکول‌های زیستی دیگر، محیط بهینه‌ای را برای ترمیم زخم ایجاد می‌کنند.

۲. شبیه‌سازی ماتریس طبیعی برای مهاجرت و تکثیر سلولی

- مهاجرت و تکثیر سلولی: هنگامی که آمنیوسین روی زخم قرار می‌گیرد، به عنوان یک

تحریک پاسخ‌های ایمنی نمی‌شود. این ویژگی‌ها به جلوگیری از رد پیوند و کاهش عوارض جانبی کمک می‌کند.

۲. تسريع فرآیند بهبود: وجود فاکتورهای زیستی فعال در آمنیوسین به تسريع فرآیند ترمیم زخم کمک می‌کند. این فاکتورها باعث تحریک تکثیر سلولی و افزایش سرعت بازسازی بافت‌ها می‌شوند.

۳. کاهش خطر عفونت: آمنیوسین به عنوان یک سد فیزیکی عمل کرده و از ورود میکروارگانیسم‌ها به زخم جلوگیری می‌کند. این ویژگی به ویژه در درمان زخم‌های مزمن و سوختگی‌ها که خطر عفونت بالایی دارند، بسیار مفید است.

۴. سادگی در استفاده: آمنیوسین به عنوان یک پانسمان آماده استفاده، به راحتی توسط پزشکان و پرسستان قابل استفاده است. این محصول نیاز به آماده‌سازی‌های پیچیده ندارد و به راحتی می‌تواند در محیط‌های درمانی مختلف به کار گرفته شود. آمنیوسین به عنوان یک پانسمان بیولوژیکی از پرده آمنیوتیک (غشای جفت انسانی) ساخته می‌شود و در درمان زخم‌های مختلف به کار می‌رود. این پانسمان به واسطه ویژگی‌های منحصر به فرد خود نقش مهمی در ترمیم و بهبود زخم‌های مزمن، سوختگی‌ها، جراحات چشمی، و برخی از اعمال جراحی دارد.

مکانیسم تاثیرگذاری آمنیوسین در ترمیم زخم:

۱. فراهم کردن اجزاء زیست‌فعال ماتریس خارج سلولی

^۱ Extracellular Matrix

^۲ Collagen

^۳ Fibronectin



^۴ laminin

^۵ Proteoglycan

^۶ glycosaminoglycan

۴. استفاده در درمان‌های چشمی به دلیل شفافیت بالا

- پانسمان چشمی: یکی از ویژگی‌های بارز آمنیوسین، شفافیت بالای آن است که به ویژه در درمان‌های چشمی بسیار مفید است. این شفافیت به پزشکان اجازه می‌دهد که فرآیند ترمیم جراحت چشمی را به دقت مشاهده کنند و هرگونه تغییرات در وضعیت زخم را به سرعت تشخیص دهند. آمنیوسین به عنوان یک پوشش محافظ بر روی زخم‌های قرنیه و دیگر جراحات چشمی استفاده می‌شود و به تسريع بهبود بافت چشمی کمک می‌کند.



شکل ۳: شفافیت بالای آمنیوسین.

نتیجه‌گیری

آمنیوسین به عنوان یک پوشش بیولوژیکی پیشرفته، نقشی کلیدی در بهبود زخم‌های مزمن، سوختگی‌های شدید و جراحات چشمی ایفا می‌کند. با ترکیب ویژگی‌های منحصر به فرد مانند شفافیت، زیست‌سازگاری بالا و دارا بودن فاکتورهای زیستی فعال، این محصول یکی از انتخاب‌های برتر در حوزه درمان‌های نوین به شمار می‌رود. استفاده از آمنیوسین می‌تواند به بهبود سرريع تر زخم‌ها، کاهش عوارض و افزایش کیفیت زندگی بیماران کمک کند.

مرجع

<https://www.sinacellco.com>

ماتریس زیستی عمل کرده و شرایط بهینه‌ای برای مهاجرت و تکثیر سلول‌های میزبان فراهم می‌کند. سلول‌های کراتینوسیت و فیبروبلاست که برای ترمیم بافت‌های آسیب‌دیده ضروری هستند، به راحتی به این ماتریس متصل شده و به سمت محل جراحت مهاجرت می‌کنند. این فرآیند باعث بازسازی سریع تر اپیتلیوم و ترمیم کامل زخم می‌شود.

- فعال‌سازی فیبروبلاست‌ها: آمنیوسین با فعال‌سازی فیبروبلاست‌های متابولیکی که در زخم حضور دارند، به بیان فاکتورهای رشد و تولید پروتئین‌های ماتریسی ضروری کمک می‌کند. این سلول‌ها برای مدت طولانی در زخم زنده می‌مانند و با ترشح مدادوم فاکتورهای رشد و مولکول‌های ساختاری، فرآیند ترمیم زخم را تقویت می‌کنند.

۳. تسريع بهبود زخم از طریق گسترش عروق و اپیتلیوم سازی مجدد:

- گسترش عروق: یکی از مراحل کلیدی در ترمیم زخم، تشکیل عروق جدید (آنژیوژن) است. آمنیوسین با فراهم کردن محیط مناسب و فاکتورهای زیستی فعال، فرآیند گسترش عروق جدید را تسريع می‌کند. این عروق جدید باعث تامین اکسیژن و مواد مغذی برای سلول‌های در حال ترمیم می‌شوند و به بهبود سریع تر زخم کمک می‌کنند.

- اپیتلیوم سازی مجدد: آمنیوسین با ایجاد شرایط مطلوب برای مهاجرت و تکثیر سلول‌های اپیتلیالی، به بازسازی لایه اپیتلیوم کمک می‌کند. این لایه جدید از سلول‌های اپیتلیالی برای محافظت از زخم و جلوگیری از ورود میکروارگانیسم‌ها به داخل زخم ضروری است.



برای بسته‌بندی و نگهداری ایمن و بهداشتی مواد غذایی مورد استفاده قرار می‌گیرند.

۲. محصولات کاتلری: این دسته شامل محصولات یکبار مصرف کاتلری مانند قاشق، چنگال و کارد است که به طور گسترده در رستوران‌ها، کافه‌ها و مصارف خانگی استفاده می‌شوند.

۳. سایر مصنوعات پلاستیکی: طب پلاستیک همچنین انواع دیگری از مصنوعات پلاستیکی مانند لیوان‌های یکبار مصرف، ظروف دارویی و محصولات بهداشتی را تولید می‌کند.



شکل ۲: ظروف بسته‌بندی مواد غذایی طب پلاست

ویژگی‌ها و دستاوردها

- کیفیت بالا یکی از مهم‌ترین اهداف طب پلاستیک ارائه محصولات با کیفیت بالا بوده است که این هدف را با استفاده از مواد اولیه باکیفیت، فناوری‌های پیشرفته تولید و رعایت استانداردهای بهداشتی و زیست محیطی محقق کرده است.
- صادرات: نزدیک به ۴۰ درصد از تولیدات طب پلاستیک به بازارهای بین‌المللی صادر می‌شود. این صادرات به کشورهای مختلف منطقه‌ای و جهانی انجام می‌شود و نشان‌دهنده موفقیت این شرکت در عرصه جهانی است.
- عنوانی و افتخارات: طب پلاستیک به عنوان تولیدکننده نمونه کشوری و صادرکننده نمونه استانی شناخته شده و در زمینه تولید محصولات بهداشتی، دارویی و غذایی دارای جایگاه برجسته‌ای است.

معرفی شرکت

◀ هلیا حیدری نسب

h_heydrinasab@aut.ac.ir

گروه صنعتی طب پلاستیک

گروه صنعتی طب پلاستیک یکی از برجسته‌ترین و شناخته‌شده‌ترین شرکت‌های تولید کننده ظروف یکبار مصرف و مصنوعات پلاستیکی در ایران است. این شرکت از سال ۱۳۷۷ با هدف تولید محصولات با کیفیت بالا و قابلیت رقابت در بازارهای داخلی و منطقه‌ای فعالیت خود را آغاز کرد. طی این سال‌ها، طب پلاستیک به دلیل تمرکز بر کیفیت، نوآوری و تکنولوژی پیشرفته، به یک برنده معتبر در صنعت تولید محصولات یکبار مصرف تبدیل شده است.



شکل ۱: گروه صنعتی طب پلاستیک

محصولات و خدمات

طب پلاستیک طیف وسیعی از محصولات پلاستیکی را تولید می‌کند که شامل:

۱. ظروف بسته‌بندی مواد غذایی: این محصولات شامل انواع ظرف‌های بسته‌بندی مواد غذایی مانند سینی‌ها، جعبه‌ها و ظروف دیگر است که

ادامه پیدا کرد. این استارت آپ بعدها نام خود را به پانوتک تغییر داد و در سال ۱۳۹۷ با عنوان شرکت نانو زیست پلیمر پارس فعالیت خود را آغاز کرد. در همان سال، این شرکت توانست تأییدیه نانو مقیاس را از واحد ارزیابی محصولات ستاد توسعه فناوری نانو دریافت کند.

در سال ۱۳۹۸، شرکت نانو زیست پلیمر پارس موفق به اخذ گواهی دانش بنیان از کارگروه ارزیابی شرکت های دانش بنیان شد. همچنین، در همین سال صندوق پرشین دارو البرز به همراهی صندوق نوآوری و شکوفایی به عنوان سرمایه گذاران جدید، به شرکت پیوستند.

این شرکت با تکیه بر ۶ سال تجربه در زمینه تولید و سنتز نانو سلولز باکتریایی، توانسته است محصولات متنوعی در زمینه نانو کامپوزیت سلولز باکتریایی برای کاربردهای گوناگون تولید کند. پنج دلیل برتری محصولات این شرکت نسبت به رقبا عبارتند از:

۱. قیمت قوی و پر انرژی
۲. بالاترین نرخ تولید در جهان
۳. بهینه سازی فرآیند تولید به صورت تکرار پذیر
۴. کم هزینه ترین و پر بازده ترین فرآیند تولید در جهان
۵. توانایی تولید انواع مشتقهای نانو سلولز باکتریایی با کیفیت بالا.

شرکت نانو زیست پلیمر پارس، با تکیه بر فناوری نانو و نوآوری های پیشرفته، سه دسته محصول کلیدی را تحت برنده پانوتک ارائه می دهد. این محصولات در حوزه های مراقبت از زخم، زیبایی پوست، و همچنین کاربردهای صنعتی و پژوهشی به کار گرفته می شوند.

- نوآوری و توسعه: طب پلاستیک همواره در جستجوی نوآوری و بهبود فرآیندهای تولید است تا محصولات خود را با بالاترین سطح از کیفیت و کارایی به بازار عرضه کند.

- این شرکت با تعهد به کیفیت، نوآوری و رعایت اصول زیست محیطی، توانسته است نقش مهمی در صنعت تولید محصولات یکبار مصرف در ایران ایفا کند و همچنان در حال گسترش دامنه فعالیتهای خود در بازارهای داخلی و بین المللی است.



شکل ۳: ظروف بسته بندی مواد غذایی طب پلاست

شرکت نانو زیست پلیمر پارس

شرکت نانو زیست پلیمر پارس، که با نام سابق نانو سلولیان شناخته می شد، از طریق چالش های نوآوری و فناوری ستاد ویژه توسعه فناوری نانو به شهرت رسید. این شرکت در آذرماه ۱۳۹۶ با شرکت در چالش فناورانه "زم خم پوش های زخم پای دیابتی" از بین ۹۸ طرح شرکت کننده، پس از انجام تست های ساختاری و کیفی، به مقام اول دست یافت. در ادامه، شتابدهنده هم آوا (که پیشتر با نام شزان شناخته می شد) در جریان فن بازار زخم پوش های مبتنی بر نانو الیاف، که در دومین کنفرانس بین المللی نانو الیاف در دانشگاه علوم پزشکی تهران برگزار شد، علاقه مند به سرمایه گذاری بر روی این استارت آپ گردید. از دی ماه ۱۳۹۶ به بعد، فعالیت این شرکت با سرمایه گذاری شتابدهنده هم آوا



۲. محصولات زیبایی پوست - ماسک زیبایی Beauty Face صورت

ماسک زیبایی صورت Beauty Face، یکی از پیشرفت‌های ترین محصولات در حوزه مراقبت از پوست است که از فناوری نانو الیاف سلولز باکتریایی بهره می‌برد. این ماسک طراحی شده تا پوست صورت را به طور کامل مرطوب نگه دارد و به جوانسازی آن کمک کند. ویژگی‌های برجسته این محصول شامل موارد زیر است:

- رطوبت‌رسانی عمیق: نانو الیاف سلولز باکتریایی به دلیل ساختار خاص خود، توانایی جذب بالای رطوبت دارد که به نگهداشتن پوست در حالت مرطوب و شاداب کمک می‌کند.
- تقویت خاصیت ارتجاعی پوست: استفاده منظم از ماسک Beauty Face باعث افزایش خاصیت ارتجاعی پوست شده و به کاهش چین و چروک‌ها کمک می‌کند.
- زیست‌سازگاری و بدون عوارض: این ماسک به دلیل ترکیبات طبیعی و زیست‌سازگار خود، هیچ گونه تحریک یا حساسیتی برای پوست ایجاد نمی‌کند.
- بهبدود بافت و ظاهر پوست: با تکیه بر تکنولوژی نانو، این ماسک به بهبدود بافت پوست و افزایش شفافیت و درخشندگی آن کمک می‌کند.



شکل ۵: ماسک زیبایی صورت Beauty Face

۱. محصولات مراقبت از زخم - زخم‌پوش پانوتک

زخم‌پوش‌های پانوتک نسل جدیدی از محصولات مراقبت از زخم هستند که بر پایه نانو الیاف سلولز باکتریایی ساخته شده‌اند. این محصولات بهویژه برای درمان زخمهای مزمن مانند زخمهای دیابتی، زخم‌های فشاری و زخمهای جراحی بسیار مؤثر هستند. ویژگی‌های منحصر به فرد این زخم‌پوش‌ها شامل موارد زیر است:

۱. زیست سازگاری بالا: زخم‌پوش‌های پانوتک کاملاً با بافت‌های بدن سازگار هستند و هیچ‌گونه عوارض جانبی در طول درمان ایجاد نمی‌کنند.
۲. توانایی ایجاد محیط مرطوب: این زخم‌پوش‌ها رطوبت مورد نیاز برای بهبدود سریع تر زخمه را فراهم می‌کنند، در حالی که از تبخیر بیش از حد رطوبت جلوگیری می‌کنند.
۳. خواص ضد میکروبی: به دلیل استفاده از نانو الیاف سلولز باکتریایی، این محصولات دارای خواص ضد باکتریایی طبیعی هستند که به کاهش خطر عفونت کمک می‌کند.
۴. استفاده آسان و انعطاف‌پذیر زخم‌پوش‌های پانوتک به راحتی به سطح زخم می‌چسبند و به راحتی جدا می‌شوند، بدون اینکه به بافت‌های تازه آسیب بزنند.

ویژگی‌های پانوتک



شکل ۶: زخم‌پوش‌های پانوتک نسل جدیدی از محصولات مراقبت از زخم





شکل ۶: ویژگی نانوسلولز باکتریایی

علم نانو و نیازهای عملی، راه حل هایی مؤثر برای چالش های موجود ارائه دهد.

شرکت دانشبنیان سیناسل

شرکت دانشبنیان سیناسل، با تکیه بر نوآوری در زمینه سلول های بنیادی و مهندسی بافت، یکی از پیشگامان تولید و تجاری سازی محصولات مبتنی بر پزشکی ترمیمی در ایران و منطقه است. تأسیس این شرکت در سال ۱۳۸۶ با هدف ایجاد یک بستر مناسب برای توسعه تکنولوژی های پیشرفته در زمینه سلول های بنیادی و بافت، نقطه عطفی در پیشرفت علمی و پژوهشی کشور به شمار می آید. این شرکت با استفاده از دانش روز و بهره گیری از پژوهشگران برجسته، موفق به دستیابی به تکنولوژی های نوین در این حوزه شده است.



شکل ۷: شرکت دانشبنیان سیناسل

۳. محصولات صنعتی و پژوهشی - نانو کامپوزیت های

Nano Cellupan

نانو کامپوزیت های سلولز باکتریایی Nano Cellupan از محصولات پیشرفته شرکت نانو زیست پلیمر پارس است که به منظور استفاده در پروژه های تحقیقاتی و صنعتی طراحی شده است. این کامپوزیت ها ویژگی های منحصر به فردی دارند که آنها را برای کاربردهای مختلف صنعتی و پژوهشی بسیار مناسب می سازند:

۱. استحکام و دوام بالا: نانو کامپوزیت های سلولز باکتریایی به دلیل ساختار نانو مقیاس خود، دارای استحکام و دوام بالایی هستند که آنها را برای استفاده در شرایط سخت صنعتی مناسب می کند.

۲. سبکی و انعطاف پذیری: این مواد به رغم استحکام بالا، بسیار سبک و انعطاف پذیر هستند که کاربردهای گسترده ای در صنایع مختلف مانند بسته بندی، الکترونیک و ساخت و ساز دارند.

۳. زیست تخریب پذیری: نانو کامپوزیت های Nano Cellupan کاملاً زیست تخریب پذیر هستند و هیچ گونه اثر منفی بر محیط زیست ندارند، که این ویژگی آنها را به گزینه ای پایدار و دوستدار محیط زیست تبدیل می کند.

۴. قابلیت سفارشی سازی این محصولات قابلیت سفارشی سازی بر اساس نیازهای خاص هر پروژه را دارند، از جمله تغییر در ترکیب بندی و ویژگی های فیزیکی و شیمیایی مواد.

این محصولات نشان دهنده تعهد شرکت نانو زیست پلیمر پارس به ارائه راه حل های نوآورانه و پایدار در زمینه های مختلف است و توانسته است با ترکیب



۳. آمنیویدیسک: محصولی با استفاده از پرده آمنیوتیک که بهویژه برای درمان آسیب‌های مفصلی و ترمیم بافت‌های آسیب‌دیده مورد استفاده قرار می‌گیرد. علاوه بر این، شرکت سیناسل ده‌ها محصول دیگر مرتبط با حوزه سلول‌درمانی را در مراحل مختلف تحقیق و توسعه دارد. این محصولات با تمرکز بر نیازهای درمانی و پژوهشی توسعه یافته‌اند و به زودی به بازار عرضه خواهند شد.

سیناسل همچنین خدمات گستردۀای در زمینه تأمین سلول بر اساس استانداردهای GMP^۱ را به می‌دهد. این خدمات شامل تأمین سلول‌های بنیادی برای استفاده در پژوهش‌های علمی، پروژه‌های تحقیقاتی و همچنین درمان‌های پزشکی است. این شرکت با ارائه این خدمات به پژوهشگران و درمانگران، نقش مهمی در پیشرفت علمی و درمانی کشور ایفا می‌کند.

ماموریت و استراتژی شرکت سیناسل

ماموریت شرکت سیناسل، ایجاد یک پل مطمئن و کارا بین محصولات مبتنی بر پزشکی ترمیمی از مرحله آزمایشگاهی تا مرحله اخذ مجوزهای درمانی است. این ماموریت از طریق رویکردهای زیر دنبال می‌شود:

۱. تحقیق و توسعه: تمرکز بر تحقیقات پیشرفته در زمینه سلول‌های بنیادی و مهندسی بافت، به منظور تولید محصولات جدید و نوآورانه. این شرکت با استفاده از آخرین تکنولوژی‌ها و روش‌های علمی، سعی در گسترش مرزهای دانش و

پیشینه و دستاوردها

شرکت سیناسل فعالیت خود را با انجام طرح‌های پژوهشی مصوب دانشگاه‌ها در زمینه درمان بیماران با استفاده از سلول‌های بنیادی آغاز کرد. این فعالیتها به سرعت به توسعه دانش و تکنولوژی‌های جدید منجر شد. شرکت توانست در همکاری با کشور اتریش، تکنولوژی تولید بافت غضروف برای درمان زانو را به دست آورد و آن را در ایران پیاده‌سازی کند. این موفقیت نه تنها باعث ارتقای سطح دانش فنی شرکت شد، بلکه امکان استفاده از این تکنولوژی پیشرفته در درمان بیماران را فراهم کرد. سیناسل به عنوان اولین شرکت ایرانی، تأییدیه GMP^۲ برای تولید سلول‌های بنیادی، غضروف، پرده آمنیوتیک، سلول‌های چربی و پلاسمای غنی از پلاکت (PRP)^۳ را از وزارت بهداشت، درمان و آموزش پزشکی دریافت کرده است. این تأییدیه نشان از تعهد شرکت به رعایت بالاترین استانداردهای جهانی در تولید و فرآوری محصولات دارد.

محصولات و خدمات

شرکت سیناسل تاکنون سه محصول اصلی را به بازار دارویی کشور عرضه کرده است:

۱. آمنیوسین: محصولی بر پایه پرده آمنیوتیک که برای کاربردهای مختلف درمانی از جمله در جراحی‌های ترمیمی و چشم‌پزشکی استفاده می‌شود.
۲. سل آمنیوسین: محصولی دیگر بر پایه پرده آمنیوتیک با خواص ویژه‌ای که برای استفاده در سلول‌درمانی طراحی شده است.

^۱Good Manufacturing Practice

^۲Platelet-rich plasma



کارکنان در زمینه‌های مربوط به سلول‌های بنیادی و مهندسی بافت، از اولویت‌های این شرکت است. ۶. اخذ دانش روز: سیناصل به طور مستمر به دنبال جذب جدیدترین دستاوردهای علمی و فناوری‌های نوین در حوزه پزشکی ترمیمی است. این شرکت با پیگیری تحقیقات و نوآوری‌های جهانی، تلاش می‌کند تا از تکنولوژی‌های پیشرفته در فرآیندهای تحقیق و توسعه خود استفاده کند.

چشم‌انداز آینده شرکت

چشم‌انداز آینده شرکت سیناصل، تبدیل شدن به قطب تولیدی محصولات مبتنی بر پزشکی ترمیمی در سطح منطقه است. این چشم‌انداز شامل اهداف زیر است:

۱. رهبری بازار: دستیابی به جایگاه برتر در بازار منطقه‌ای و بین‌المللی در زمینه تولید و عرضه محصولات پزشکی ترمیمی از جمله اهداف بلندمدت این شرکت است. سیناصل با تمرکز بر کیفیت، نوآوری و نیازهای بازار، به دنبال گسترش سهم خود در بازارهای جدید و ثبیت جایگاه خود در بازارهای فعلی است.

۲. توسعه فناوری: سرمایه‌گذاری مستمر در فناوری‌های نوین و پیشرفته در زمینه سلول‌های بنیادی و مهندسی بافت، از اولویت‌های اصلی شرکت است. سیناصل با بهره‌گیری از دانش و تکنولوژی‌های به روز، به دنبال توسعه محصولات جدید و بهبود فرآیندهای تولید است.

به کارگیری آن در تولید محصولات با ارزش افزوده بالا دارد.

۲. استانداردسازی فرآیندها: سیناصل به طور مداوم فرآیندهای تولید، کشت سلول‌ها، فرآوری بافت‌ها و بسته‌بندی محصولات خود را مطابق با استانداردهای بین‌المللی و ملی بررسی و بهینه‌سازی می‌کند. این شرکت با رعایت دقیق استانداردهای GMP، تلاش می‌کند تا محصولات خود را با بالاترین کیفیت ممکن به بازار عرضه کند.
۳. تجاری‌سازی محصولات: توسعه روش‌ها و استراتژی‌هایی برای تجاری‌سازی محصولات آزمایشگاهی و تبدیل آنها به محصولات قابل استفاده در درمان‌های پزشکی از اهداف کلیدی شرکت است. سیناصل با تمرکز بر نیازهای بازار و همکاری با شرکت‌های دارویی و نهادهای بهداشتی، محصولات خود را به بازارهای ملی و بین‌المللی معرفی می‌کند.
۴. اخذ مجوزهای درمانی: سیناصل با همکاری نزدیک با نهادهای قانونی و بهداشتی، تلاش می‌کند تا تمامی مجوزهای لازم برای استفاده از محصولات خود در درمان‌های پزشکی را اخذ کند. این شرکت به عنوان یک پل ارتباطی بین پژوهش‌های علمی و کاربردهای درمانی، نقش مهمی در تجاری‌سازی نتایج تحقیقات و توسعه کاربردهای بالینی ایفا می‌کند.
۵. آموزش مداوم کارکنان: شرکت سیناصل به آموزش مداوم کارکنان خود اهمیت ویژه‌ای می‌دهد. برگزاری دوره‌های آموزشی و کارگاه‌های تخصصی برای به روزرسانی دانش و مهارت‌های

• سل آمنیوسین^۳

پانسمان آمنیوسین به همراه سلول یکی از محصولات پیشرفته شرکت سیناسل است که به عنوان پانسمانی ویژه برای درمان زخم‌ها طراحی شده است. این پانسمان شامل پرده آمنیوتیک و سلول‌های زنده است که می‌تواند در بهبود زخم‌ها و کاهش التهابات کمک کند. کاربردهای اصلی این پانسمان عبارت‌اند از:

۱. درمان زخم‌های مزمن: استفاده از سل آمنیوسین می‌تواند به تسريع فرآیند بهبود زخم‌های مزمن و کاهش خطر عفونت کمک کند.

۲. کاهش التهاب: سلول‌های موجود در این پانسمان به کاهش التهاب و بهبود سریع‌تر بافت‌های آسیب دیده کمک می‌کنند.



شكل ۸: سل آمنیوسین

• آمنیوسین (amniosin)

آمنیوسین یک پانسمان آمنیوتیک بدون سلول است که به‌ویژه برای درمان جراحات چشمی توسعه یافته است. این پانسمان از پرده آمنیوتیک ساخته شده و ویژگی‌های زیر را دارد می‌باشد:

۳. گسترش همکاری‌ها: سیناسل به دنبال برقراری همکاری‌های استراتژیک با مؤسسات تحقیقاتی، دانشگاه‌ها و شرکت‌های دارویی بین‌المللی است. این همکاری‌ها به تبادل دانش و تجربه، توسعه پروژه‌های مشترک و گسترش دامنه فعالیت‌های شرکت کمک خواهد کرد.

۴. افزایش ظرفیت تولید: ارتقاء زیرساخت‌های تولیدی به منظور افزایش ظرفیت تولید و بهبود کیفیت محصولات، از جمله اهداف استراتژیک سیناسل است. این شرکت با توسعه خطوط تولید جدید و بهینه سازی فرآیندهای موجود، به دنبال پاسخگویی به نیازهای رو به رشد بازار است.

۵. نوآوری مداوم: سیناسل به نوآوری و پژوهش‌های مداوم اهمیت ویژه‌ای می‌دهد. این شرکت با تشویق به نوآوری و ایجاد فرهنگ تحقیق و توسعه در درون سازمان، به دنبال توسعه محصولات جدید و بهبود محصولات موجود است. این موارد به شرکت سیناسل کمک می‌کنند تا به اهداف بلندمدت خود دست یابد و نقش مهمی در توسعه پزشکی ترمیمی و بهبود کیفیت زندگی بیماران ایفا کند. سیناسل با تکیه بر دانش، نوآوری و تعهد به کیفیت، به دنبال ایجاد تحولی مثبت در حوزه سلامت و پزشکی است.

شرکت سیناسل محصولات و خدمات متنوعی را در زمینه سلول درمانی و مهندسی بافت ارائه می‌دهد که در ادامه توضیحاتی درباره هر یک از این محصولات و خدمات ارائه شده است:

^۳ a-amniosin



۲. پژوهش‌های علمی: این سلول‌ها همچنین می‌توانند در پژوهش‌های تحقیقاتی برای توسعه روش‌های جدید درمانی استفاده شوند.

• سینادرم^۶

سینادرم یک پوست تک لایه مصنوعی است که برای درمان انواع زخم‌های پیشرفت‌هه توسعه یافته است. این محصول دارای ویژگی‌های زیر است:

۱. درمان زخم‌های پیشرفت‌هه: سینادرم به‌ویژه برای درمان زخم‌های دیابتی، زخم‌های فشاری و زخم‌های ناشی از سوختگی مناسب است.
۲. جایگزینی موقت پوست: این پوست مصنوعی به عنوان جایگزینی موقت برای پوست عمل می‌کند و به تسريع فرآیند بهبود و جلوگیری از عفونت کمک می‌کند.
۳. این محصولات و خدمات شرکت سیناسل نمایانگر تعهد این شرکت به پیشرفت در زمینه سلول درمانی و مهندسی بافت است. سیناسل با بهره‌گیری از دانش روز و فناوری‌های پیشرفت‌هه، در مسیر توسعه روش‌های نوین درمانی و بهبود کیفیت زندگی بیماران گام برمی‌دارد.

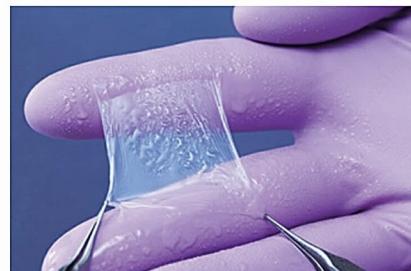
مراجع

<http://basparesh.ippi.ac.ir/>

www.sinacellco.com

<https://tissuehubco.com/>

<http://panotech.ir/>



شکل ۹: آمنیوسین

• آمنیودیسک^۴

آمنیودیسک یک نوع پانسمان چشمی آمنیوتیک بدون سلول است که به صورت دیسک خشک و آماده استفاده تولید می‌شود. این محصول به‌ویژه برای استفاده در شرایط اضطراری و برای درمان جراحات چشمی مورد استفاده قرار می‌گیرد:

۱. آماده به‌کار بودن: آمنیودیسک به دلیل شکل دیسکی و خشک بودن، به سرعت قابل استفاده است و می‌تواند به سرعت در موقع اورژانسی به کار گرفته شود.
۲. کاربرد آسان: این پانسمان به راحتی روی چشم قرار می‌گیرد و به تسريع فرآیند بهبود کمک می‌کند.

• سلول‌های بنیادی انسانی^۵

شرکت سیناسل سلول‌های بنیادی انسانی را تولید و عرضه می‌کند که قابل استفاده در فرآیندهای درمانی مختلف هستند. این سلول‌ها دارای پتانسیل بالایی برای استفاده در:

۱. بازسازی بافت‌های آسیب‌دیده: سلول‌های بنیادی می‌توانند در بازسازی بافت‌های آسیب‌دیده از جمله بافت‌های قلب، کبد و پوست به کار روند.

^۴ amniodisk

^۵ stemcell

^۶ sinaderm



تصاویری از محوطه دانشگاه آکرون

دانشکده‌های مهندسی دانشگاه آکرون

تدریس رشته‌های مهندسی در دانشگاه آکرون دارای قدامت زیادی است و به سال ۱۹۱۳ بازمی‌گردد. دانشجویان این امکان را دارند که در این دانشگاه در زمینه مهندسی دانشجویان مهندسی دانشگاه آکرون این امکان را دارند که در رشته‌های زیر به تحصیل بپردازند:

- مهندسی پزشکی
- مهندسی شیمی
- مهندسی برق و کامپیوتر
- مهندسی عمران
- مهندسی مکانیک

دانشکده علوم و مهندسی پلیمر

در سال ۱۹۰۹، دکتر چارلز آم. نایت، استاد کالج بوکتل، یک آینده نگری برای تدریس اولین دوره شیمی لاستیک در جهان داشت و دانشجویان را برای مشاغل در صنعت پرورونق لاستیک در آکرون، "پایتخت لاستیک جهان" آماده می‌کرد.

معرفی دانشگاه:

دانشگاه آکرون

(University of Akron)

azin.nobakht@aut.ac.ir ◀

دانشگاه آکرون (UA) که در سال ۱۸۷۰ تأسیس شد، یک موسسه آموزش عالی است که در شمال شرقی شهر آکرون ایالت اوهایو واقع شده است و بیش از ۸۰ ساختمان در ۲۱۸ هکتار دارد. این موسسه همچنین دارای یک پردیس در اورویل ایالت اوهایو است. در مجموع حدود ۱۵۰۰۰ دانشجو از اوهایو، سراسر ایالات متحده و ۷۰ کشور خارجی در این دانشگاه مشغول به تحصیل هستند.

دانشگاه آکرون در رتبه‌بندی دانشگاه‌ها در سال ۲۰۲۴، در جایگاه ۳۶۱ قرار دارد و طیف گسترده‌ای از دوره‌ها و برنامه‌هایی ارائه می‌دهد که منجر به دریافت مدارک رسمی آموزش عالی مانند مدارک پیش لیسانس (گواهی‌ها، دیپلم، کارданی یا پایه)، مدارک لیسانس، مدرک کارشناسی ارشد و مدرک دکترا در چندین زمینه تحصیلی از جمله هنر، کسب و کار، زمینه‌های مختلف مهندسی سلامت و بهداشت، حقوق و... می‌شوند. دانشگاه آکرون همچنین چندین تسهیلات و خدمات آکادمیک و غیر آکادمیک از جمله کتابخانه، مسکن، امکانات ورزشی، کمک‌های مالی و یا بورسیه تحصیلی، تحصیل در خارج از کشور و برنامه‌های تبادل، دوره‌های آنلاین و فرصت‌های آموزش از راه دور، حمایت از استارت آپ‌ها و همچنین خدمات اداری را به دانشجویان ارائه می‌دهد.





دانشکده مهندسی پلیمر دانشگاه آکرون

حداصل الزامات دانشگاه برای پذیرش دانشجویان تحصیلات تكمیلی

- مدرک لیسانس: حداصل مدرک لیسانس چهار ساله ایالات متحده یا معادل بین المللی از یک موسسه معتبر.
- نمرات: حداصل معدل ۲.۵۰، بر اساس مقیاس ۴ امتیازی.
- الزام داشتن GRE برای همه متყاضیان تحصیلات تکمیلی در دانشگاه آکرون تا ۳۰ ژوئن ۲۰۲۴ لغو می شود. این موضوع شامل متყاضیان دپارتمان های مهندسی زیست پزشکی مهندسی شیمی، زیست مولکولی، خودگی، مهندسی عمران، مهندسی مکانیک و دانشکده علوم پلیمر و مهندسی پلیمر می شود.
- مهارت زبان انگلیسی (TOEFL/IETLS) برای دانشجویانی که زبان مادری آنها انگلیسی نیست.

مرجع

<https://www.uakron.edu>

در جنگ جهانی دوم، شیمی لاستیک به قدری مورد توجه قرار گرفت که دولت ایالات متحده با دانشگاه آکرون قراردادی بست تا آزمایشگاه تحقیقاتی لاستیک را برای کمک به توسعه لاستیک مصنوعی مورد نیاز برای جنگ ایجاد کند. همانطور که صنعت پلیمر رشد کرد، تحقیقات در زمینه هایی مانند پوشش ها، نانو کامپوزیت ها و کاربردهای زیست پزشکی تکامل یافت. در سال ۱۹۸۳ دپارتمان مهندسی پلیمر برای انجام تحقیقات کاربردی در مورد فرآیندهای پلیمری تأسیس شد. این دانشگاه با عنوان مهم ترین مرکز تحقیقات پلیمر در جهان معروف است. مرکز اصلی دانشگاه آکرون بر مواد پیشرفته و مهندسی و علم پلیمر از لاستیک تا پلیمرهای زیست تخریب پذیر است که بیش از یک قرن در این زمینه پیشرو هستند. دانشکده علوم و مهندسی پلیمر دانشگاه آکرون دارای پیشرفته ترین امکانات شناسایی و پردازش پلیمر برای تحقیق، آموزش و آزمایش است که توسط دانشمندان پژوهشی سطح Ph.D مدیریت می شود؛ همچنین خانه آکادمی پلیمر جهانی آکرون که سالانه بیش از ۲۰۰۰۰ دانشجو و استاد را در اختیار دارد، هر سال میزبان المپیادهای علمی و مسابقه لاستیک برای مخترعان جوان است.

از دیگر امتیازات این دانشگاه، ارائه مدرک کارشناسی ارشد منحصر به فرد برای دانشجویان بین المللی است. در برنامه کارشناسی ارشد ویژه آکرون، دانشجویان سال سوم از خارج از کشور به مدت ۲ سال در آکرون به تحصیل می پردازند تا هر دو مدرک خود را تکمیل کنند و مدرک کارشناسی ارشد را دریافت کنند. علاوه بر این، پس از این دوره از استارت آپ های تأسیس شده توسط دانشجویان حمایت می کند.



معرفی نرم افزار:



Model and Simulated Biological System in MATLAB

alimazloumi@aut.ac.ir

◀ سید علی مظلومی

جعبه ابزاری^۱ از برنامه های یکپارچه را در نرم افزار MATLAB ارائه می کند که برای تسهیل ساخت، شبیه سازی و تحلیل انواع مدل های سیستم های پویا مانند دارو شناسی و مدل های زیست شناسی سیستم ها طراحی شده اند. همچنین قابلیت تنوع بیولوژیکی و روندهای دوز های مختلف برای نتیجه گرایی شرایط تجربی مختلف و استراتژی های متفاوت دوز، مدل سازی می شود.

برنامه SimBiology Model Analyzer این امکان را فراهم آورده تا مدل های سیستم های پویا تجزیه و تحلیل بهتری داشته باشد. کاربر می تواند رفتار دینامیکی یک مدل را با استفاده از حل کننده های مختلف شبیه سازی کرده و پارامترهای مدل را تخمین زنی نماید. برای بررسی دینامیک سیستم و راهنمای آزمایش، امکان تحلیل حساسیت و پیمایش^۲ متغیرها همزمان با بررسی تأثیر پارامترهای مدل و شرایط اولیه بر رفتار مدل، در دسترس است.

همچنین SimBiology تکنیک های مختلفی را برای تحلیل مدل های مبتنی بر مدل های معادلات دیفرانسیل ساده^۳ از نظر پیچیدگی و اندازه ارائه می کند. توانایی شبیه سازی هایی برای ارزیابی امکان سنجی هدف، پیش بینی اثربخشی، ایمنی دارو و شناسایی دوز بهینه قابل اجراست. همچنین امکان بررسی مسیرها و پارامترهای کلیدی با استفاده از تحلیل های حساسیت نقطه ای^۴ و کلی^۵ قابل شناسایی بوده و با اجرای پیمایش های پارامتری، تنوع بیولوژیکی را ارزیابی کنید. برای تخمین پارامترها می توان داده ها را با استفاده از تکنیک های رگرسیون گیری، برازش و تجزیه و تحلیل غیر قطعی^۶ انجام شود

تجزیه و تحلیل غیر بخشی: محاسبه پارامترهای فارماکو کینتیکی^۷ از دوره زمانی غلظت دارو، تجزیه و تحلیل بر روی داده های تجربی و شبیه سازی برای طرح های تک دوز یا چند گانه قابل انجام است.

^۱ Toolbox

^۲ step by step

^۳ Ordinary Differential Equation(ODE)



^۴ Local

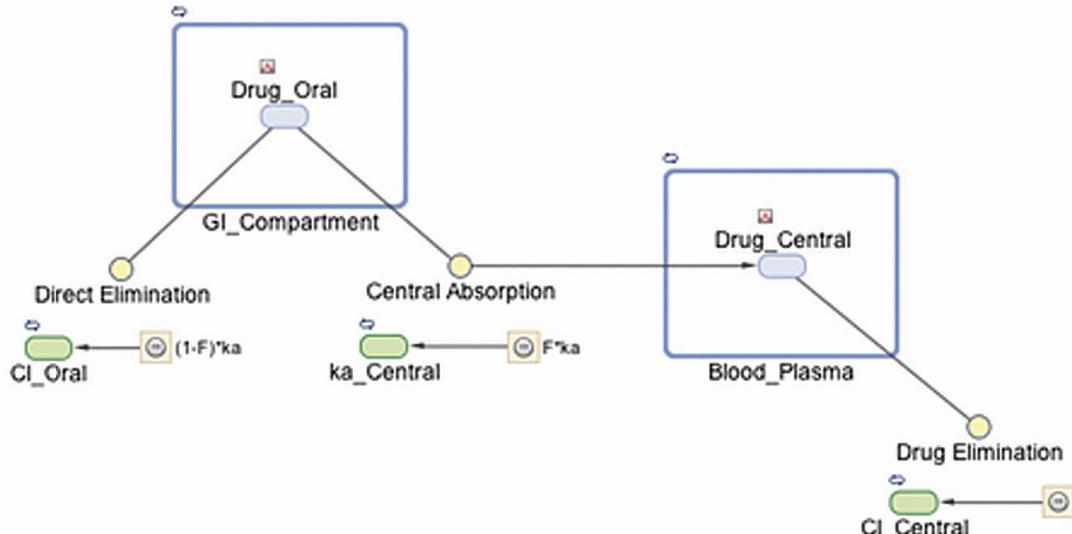
^۵ Global

^۶ non-compartmental analysis (NCA)

^۷ Pharmacokinetic (PK)

تجزیه و تحلیل غیربخشی: محاسبه پارامترهای فارماکوکینتیکی^۷ از دوره زمانی غلظت دارو، تجزیه و تحلیل بر روی داده‌های تجربی و شبیه‌سازی برای طرح‌های تکدوز یا چندگانه قابل انجام است. استراتژی‌های دوز مختلف قابل بررسی است. با ترکیب برنامه‌های دوز مختلف، استراتژی دوز بهینه قابل تعیین است. محاسبه دوز ایمن برای بررسی راههای تجویز مفید است.

درصد داروی جذب شده، امکان سنجی زیستی دارو است. بستر سنجی زیستی یکی از مهمترین خواص فارماکوکینتیکی یک دارو است.



شکل ۱. روند دارورسانی و بستر سنجی برای دارو.

برازش داده‌ها برای تخمین پارامترها: تخمین پارامترها با استفاده از رگرسیون غیرخطی با روش‌های محلی^۸، جهانی^۹ یا ترکیبی؛ محاسبه فاصله‌های اطمینان پارامتر و پیش‌بینی اثرات ثابت و اتفاقی با کمک مدل‌سازی قابل انجام است. انجام شبیه‌سازی مونت‌کارلو: انجام اسکن پارامترها و شبیه‌سازی مونت‌کارلو برای ارزیابی رفتار مدل، در شرایط مختلف و پیمایش‌های دوز. در این بخش از روندهای تعاملی برای بررسی چگونگی تأثیر تغییرات کمی بر پاسخ مدل استفاده می‌شود [۱].

کاربرد در مقالات

از این ابزار برای مدل‌سازی و شبیه‌سازی و تجزیه و تحلیل بیماری‌های سرطانی استفاده می‌شود. در یکی از این مدل‌سازی‌ها، روند گسترش تومور از طریق اندام آسیب‌دیده را در نظر گرفته و رگزایی تومور مورد بررسی قرار خواهد گرفت. اجرای درمان با استفاده از عملیاتی کردن تحويل دارو با استفاده از دوزهای مکرر برنامه‌ریزی می‌شود [۲].



⁸ Local

⁹ Global

در مقاله دیگری با استفاده از بسته کاربردی MATLAB SimBiology، مدل ریاضی سرطان با در نظر گرفتن غلظت ثابت دارو در خون بیمار ارائه می‌شود. اجرای مراحل مختلف سیر بیماری در چارچوب یک مدل تشریح شد. بر اساس مدل‌های ساخته شده و کاربردهای این جعبه‌ابزار، اصلاحی انجام شد که تجویز گستته دوزهای دارو در دوره‌هایی اجرا شده و پویایی آن در بدن با در نظر گرفتن این فرض که دارو فقط برای سرکوب سلول‌های سرطانی مصرف می‌شود، بررسی شد.^[۳]

مراجع

- [1] <https://www.mathworks.com/products/simbiology.html>
- [2] Vil' Maria Yurievna; Goncharova Anastasia Borisovna; Kolpak Eugeny Petrovich; Herve Kamguia Feukwi, "Mathematical modeling of tumor cells metastasis dynamics using MATLAB simbiology application," AIP Conf. Proc., vol. 2833, no. 1, 2023.
- [3] A. B. G. Vil, "Simulation of cancer treatment using the MATLAB SimBiology application," Model. Syst. Process. Model. Syst. Process. This J. doesn't have a profile Res. yet. Interest. this journal? Get Notif. when it Act. its profile, start Get. Updat. I'm Interest., vol. 14, no. 3, pp. 90–96,



و شاخه‌ای از الکترونیک است که برای جذب نور و حمل بار برای تولید برق از نور خورشید توسط اثر فتوولتائیک با پلیمرهای آلی رسانا یا مولکولهای کوچک آلی سروکار دارد. بیشتر سلول‌های فتوولتائیک آلی سلول‌های خورشیدی پلیمری هستند) و دیودهای انتشاردهنده نور، مطالعه کرد. او در این تحقیقات چگونگی حرکت بار در ساختارهای نانو تک بعدی(نانولوله‌های کربنی(CNTs)) لوله‌هایی هستند که از کربن ساخته شده و قطرهایی در حد نانومتر دارند) و صفر بعدی(فولرن، یکی از دگرشکلهای عنصر کربن است؛ که از گرما دادن به گرافیت ساخته می‌شود) را مورد بررسی قرار داد و همچنین بر روی نفتالن‌دی‌آمید های دارای الیگوتیافین^۳، به عنوان نانو سیم های قابل سنتز در محیط محلولی نیز کار کرد. او در همین دانشگاه، مواد منتقل کننده الکtron را برای دیود نورگسیل ارگانیک (OLED)^۴ آبی فسفرسنت، با استفاده از نوعی ماده فسفرسنت آبی و الگوکیونولین^۵ نیز توسعه داد. ایگپ برای ادامه مطالعات در مقطع پست دکتری وارد دانشگاه MIT شد. در این زمان، او با ایجاد پلتفرمی که از نانوذرات پلیمری برای تصویربرداری‌های درون تنی^۶ استفاده می‌کرد، موفق به دریافت جایزه کارل استوم در کنفرانس‌های تحقیقاتی گوردون در سال ۲۰۱۳ شد و سپس در سال ۲۰۱۴ فارغ التحصیل شد.

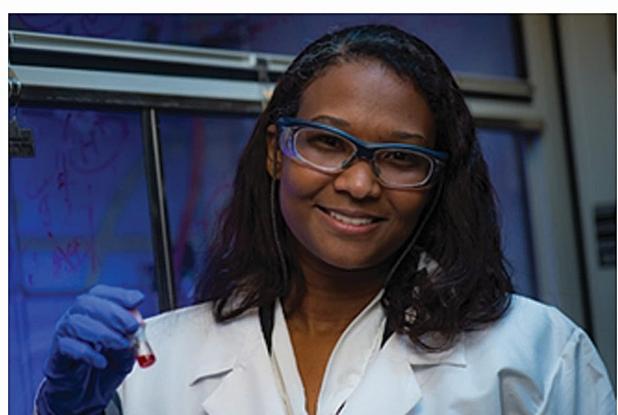
معرفی مشاهیر:

Eilaf Egap

hivazibaei@aut.ac.ir

◀ هیوا زیبایی

ایلاف ایگپ^۱ استادیار گروه مهندسی و علوم مواد و متریال در دانشگاه رایس^۲ آمریکا می‌باشد. حوزه اصلی تحقیقاتی او، تکنیک‌های عکس‌برداری و بایومتریال‌های مورداستفاده برای تشخیص اولیه‌ودارروسانی می‌باشد. ایگپ در آتن، اوهايو متولد شد و در نیویورک به مدرسه رفت. سپس مسیر آکادمیک خود را با شروع به تحصیل در دانشگاه استونی بروک در رشته فلسفه، آغاز کرد. اما در میانه مسیر، به واسطه پروفسور شیمی خود، تحت تاثیر این رشته قرار گرفت و وارد آن شد و ۲۰۱۱ سپس در سال ۲۰۰۵ فارغ التحصیل شد. او در سال ۲۰۱۱ مطالعات خود را در مقطع تحصیلات تکمیلی در دانشگاه واشینگتن به پایان رساند. تمرکز تحقیقاتی او در مقطع دکتری، بر روی طراحی و سنتز ماکرومولکول‌ها بود. او بر روی رابطه بین ساختار و خواص این ماکرومولکول‌ها برای دستگاه‌های الکترونیکی جدید، از جمله فتوولتائیک‌های آلی(نوعی سلول خورشیدی پلاستیکی که از الکترونیک آلی استفاده می‌کند



^۱ Eilaf Egap

^۲ Rice University

^۳ Oligothiophene

^۴ Organic light-emitting diode

^۵ Flirpic & oligoquinolines

^۶ in vivo

از ایگپ به عنوان یکی از محققین نوظهور سال ۲۰۱۷ در ژورنال مواد شیمی نام برده شد. او نشان داد که چگونه از کوپلیمرهای سه بلوکی انتشار دهنده مادون قرمز، می‌توان در هسته اولیگو(اتیلن گلیکول)^{۱۰} برای مقاصد داروسانی و هدف قرار دادن سلول‌های سرطانی استفاده کرد. در سال ۲۰۱۷، او به دانشگاه رایس نقل مکان کرد و چگونگی سنتز پلیمرهای کاربردی را با استفاده از نقاط کوانتومی حساس به نور، به عنوان کاتالیزور، بررسی کرد. این روش به عنوان پلیمریزاسیون رادیکالی انتقال دهنده اتم و کنترل شده توسط نور شناخته می‌شود و می‌تواند جایگزین کاتالیزورهای مورد استفاده فعلی برای سنتز کوپلیمرهای بلوکی و متاکریلات‌ها شود. در سال ۲۰۱۸ او به عنوان یکی از پژوهشگران جوان انجمن شیمی آمریکا در زمینه مهندسی علوم مواد پلیمری، مورد تحسین قرار گرفت.

مراجع

- <https://egap.blogs.rice.edu>
- <https://scholarblogs.emory.edu/eilafegap/members>
- <https://www.researchgate.net/scientific-contributions/Eilaf-Egap-2084364457>
- <https://scholar.google.com/citations?user=hZX-VIAAAA&hl=en>
- https://en.wikipedia.org/wiki/Eilaf_Egap

در سال ۲۰۱۴، ایگپ به دانشگاه اموری^۷ پیوست و همزمان در موسسه تکنولوژی جورجیا^۸ در دانشکده مهندسی پزشکی مشغول به کار شد.

در سال ۲۰۱۵، او برنده جایزه شیمی ناشران Thieme شد و در سال ۲۰۱۶، در نشست ملی انجمن شیمی آمریکا، از او به عنوان یکی از پژوهشگران قابل توجه یاد شد. او کار خود را در زمینه راهکارهایی برای تراز کردن نانوسیم‌های پلیمری یک بعدی ارائه کرد. همچنین او جایزه بنیاد ملی علوم را برای بررسی الیگومرها و پلیمرهای مزدوج اوپن-شل^۹ دریافت کرد. او بررسی کرد که چگونه می‌توان از طیف سنجی جذب گذرا و میکروسکوپ روبشی فوق سریع برای توصیف سیستم‌ها استفاده کرد. از عالیق تحقیقاتی او نیز می‌توان به قطبیده شدن سپین (درجه‌ای از اسپین است به این معنی که تکانه زاویه‌ای ذاتی ذرات بنیادی با یک جهت داده شده هم جهت می‌شوند) و تبادلهای آن، اشاره کرد.



^۷ Emory University

^۸ Georgia Institute of Technology

^۹ open-shell oligomers & polymers

^{۱۰} oligo (ethylene glycol) core

همچنین دانشگاه ویسکانسین^۵ او را شناخته شده‌ترین پیشگام تحقیقاتی در مطالعه دینامیک حرکتی در سیستم‌های ماکромولکولی با تکنیک‌های ویسکوالاستیک دانست. فری در داووسون سیتی، کانادا به دنیا آمد و در مدرسه‌ای در موری، آیداهو تحصیل کرد. در سال ۱۹۳۲، در سن ۱۹ سالگی، با مدرک رشته هنر از دانشگاه استنفورد^۶، با معدل A، اولین رکورد در تاریخ موسسه، فارغ التحصیل شد. پس از دو سال تحصیلات تكمیلی و تحقیق در مورد اولترافیلتراسیون پروتئین‌ها^۷ (نوعی فرآیند غشایی تحت تاثیر اختلاف فشار می‌باشد که برای خالص سازی محلول‌های پروتئینی انجام می‌شود) در لندن در موسسه ملی تحقیقات پژوهشی^۸، او برای تکمیل دکترای خود در سال ۱۹۳۵ در شیمی به استنفورد بازگشت و دستیار پژوهشی در ایستگاه دریایی هاپکینز استنفورد شد؛ همچنین در سال ۱۹۳۷، فری مدرس علوم بیوشیمی در دانشگاه هاروارد^۹ بود. او همچنین عضو انجمن محققان جوان در هاروارد بود. او در سال ۱۹۴۶ استادیار دپارتمان شیمی دانشگاه ویسکانسین-مدیسون^{۱۰} شد و سال بعد به عنوان استاد تمام منصوب شد. او از سال ۱۹۵۹ تا ۱۹۶۷ به عنوان رئیس گروه شیمی در دانشگاه ویسکانسین-مدیسون انتخاب شده و یکی از اعضای مؤسس مرکز تحقیقات رئولوژی^{۱۱} در ویسکانسین نیز بود. او همچنین عضو آکادمی ملی علوم آمریکا بود و به عنوان رئیس کمیته شیمی ماکromولکولی^{۱۲} و رئیس انجمن رئولوژی فعالیت داشت.

^۱ John Douglass Ferry

^۲ Robert F. Landel

^۳ $\log_{10}aT = -17.44(T - T_g)/(51.6^{\circ}\text{K} + T - T_g)$

^۴ The National Academy of Sciences

^۵ University of Wisconsin

^۶ Stanford University

^۷ Protein Ultrafiltration

^۸ National Institute for Medical Research

^۹ Harvard University

^{۱۰} University of Wisconsin-Madison

^{۱۱} Rheology Research Center

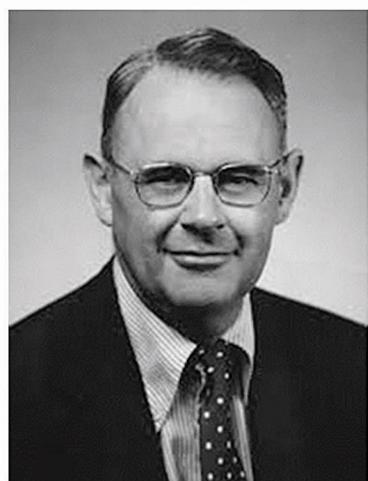
^{۱۲} Committee on Macromolecular Chemistry

John Ferry

◀ هیوا زیبایی

hivazibaei@aut.ac.ir

جان داگلاس فری^۱ (۴ مه ۱۹۱۲ - ۱۸ اکتبر ۲۰۰۲) یک شیمیدان و بیوشیمیدان آمریکایی متولد کانادا بود که به خاطر توسعه محصولات جراحی از پلاسمای خون و مطالعات شیمی ماکرومولکول ها مورد توجه قرار گرفت. او هم یک رئولوژیست مشهور جهان و هم شیمیدان بسیار محترمی بود که سهم مهمی در شیمی فیزیک، شیمی بیولوژیکی و مهندسی زیستی داشت. کار جان فری بر روی وابستگی دمایی خواص ویسکوالاستیک، و بهویژه کشف عامل تغییر در دما، تأثیر زیادی بر مهندسی پلیمر داشت. معادله معروف ویلیامز-لندل-آفری (WLF)، به مهندسان این امکان را می‌دهد که خواص رئولوژیکی را در محدوده وسیعی از دما بررسی کنند. این امر نیاز به اندازه گیری های رئولوژیکی خسته کننده را در بسیاری از دمایها از بین برده. همچنین تیم فری با انتشار اندازه گیری های دقیق ویسکوزیته پیچیده (برای مواد ویسکوالاستیک)، دیگران را قادر ساخت تا خواص رئولوژیکی را با ساختار مولکولی پلیمرها مرتبط کنند. آکادمی ملی علوم^۲، فری را «یک شخصیت برجسته در علم پلیمر» نامید.





او علاوه بر مطالعاتی که در حوزه ویسکوالاستیسیته انجام می‌داد، نویسنده یا مولف بیش از ۳۵۰ مقاله تحقیقاتی بود که حدود ۳۰ درصد آن‌ها درخصوص فیبرینوژن (نوعی پروتئین محلول در خون که در انعقاد خون نقش مهمی دارد) و فیبرین (رشته‌های پروتئینی که در هنگام انعقاد خون ایجاد می‌شوند) بودند. فری در طول عمر آکادمیک خود، بیش از ۶۰ داشجوی تحصیلات تکمیلی را برای ادامه مسیر تحقیقاتی خود یاری کرد. از جمله جوایز و افتخارات فری می‌توان به موارد زیر اشاره کرد:

- مدال بین‌گهایم انجمن رئولوژی
- جایزه شیمی کلوئید از انجمن شیمی آمریکا^{۱۳}
- جایزه فنی از موسسه بین‌المللی فرآیندهای سنتز لاستیک^{۱۴}

مراجع

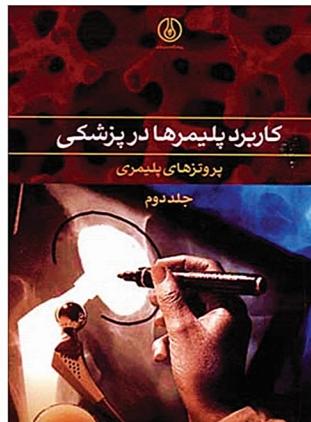
- <https://www.nae.edu/29393/Dr-John-D-Ferry>
- <https://www.nasonline.org/publications/biographical-memoirs/memoir-pdfs/ferry-john.pdf>
- https://en.wikipedia.org/wiki/John_D._Ferry
- <https://www.rheology.org/sor/Awards/Bingham/FerryJ.aspx>
- <https://pubs.acs.org/doi/pdf/10.1021/ma00171a001>
- <https://www.researchgate.net/scientific-contributions/John-D-Ferry-74068962>

^{۱۳} American Chemical Society

^{۱۴} The International Institute of Synthetic Rubber Producers

ارائه شده است و همچنین درباره خواص مناسب برای ساختن انواع تجهیزات پزشکی مانند لوله‌های نگهداری خون و ظروف نگهداری سرم صحبت کرده است.

در جلد دوم به طور مفصل درباره پروتژهای پلیمری در انواع ارگان‌های بدن مانند سیستم قلب و عروق، مغز و اعصاب و حتی سیستم گوارش توضیحات مربوطه داده شده‌اند. برای فهم بهتر و کامل‌تر جلد دوم بهتر است ابتدا جلد اول به طور کامل مطالعه شود، هرچند به طور مختصر موارد مورد نیاز هر فصل در جلد دوم مطرح شده است.



این مجموعه دو جلدی برای آن دسته از دانشجویانی که به دنبال مطالب گسترده و کامل درباره پلیمرهای زیست سازگار و کاربرد آنها در بدن انسان به ویژه در پروتژهای پلیمری مانند رگهای مصنوعی و لنزهای چشمی و همچنین کامپوزیت‌های دندانی هستند بسیار مفید است. دانشجویان مهندسی پلیمر، مهندسی پزشکی و همچنین مهندسی بافت می‌توانند از این مجموعه استفاده کنند.

نام کتاب: کاربرد پلیمرها در پزشکی
ناشر: شرکت پژوهش و فناوری پتروشیمی

سال انتشار: ۱۳۸۷

نام نویسندهای جلد اول: وحید حدادی اصل، نصیرالدین مکمردی، رعنا ایمانی

نام نویسندهای جلد دوم: وحید حدادی اصل، یوسف محمدی تعداد صفحات جلد اول: ۳۰۴

تعداد صفحات جلد دوم: ۵۳۴

ISBN (جلد اول): ۹۷۸-۰-۶۰۰-۶۰۰-۵۱۲۳-۰-۸-۱

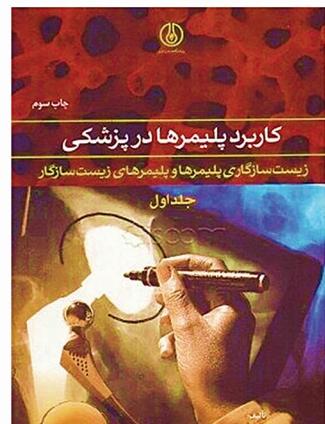
ISBN (جلد دوم): ۹۷۸-۰-۹-۵۱۲۳-۶۰۰-۰-۰-۹

معرفی کتاب:

کاربرد پلیمرها در پزشکی

paria.nobakht@aut.ac.ir

◀ پریا نوبخت



این کتاب در دو جلد توسط دکتر وحید حدادی اصل تألیف و تهیه شده است که در جلد اول در مورد پلیمرهای زیست‌سازگار و در جلد دوم درباره انواع پروتژهای پلیمری به طور جامع توضیح داده‌اند. جلد اول آن شامل ۴ فصل است که عبارتند از:

۱- اهمیت و کاربرد پلیمرها در پزشکی که در آن از زیست مواد و ملاک‌های انتخاب آن تا الزامات مکانیکی و مسائل اقتصادی بحث شده است.

۲- زیست سازگاری پلیمرها که درباره مفهوم زیست سازگاری، معرفی آزمون‌های ارزیابی سازگاری بافت و ارائه مثال‌هایی از اثرات تخریب پلیمرها بر روی عملکرد ارگان‌ها برای نشان دادن اهمیت انتخاب مواد و آزمودن آن‌ها، مکانیسم عملکرد ارگان‌های بدن مانند انعقاد خون و چسبندگی پلاکتها و همچنین روش‌های استریلیزه کردن پلیمرها با جزئیات بسیار توضیح داده است.

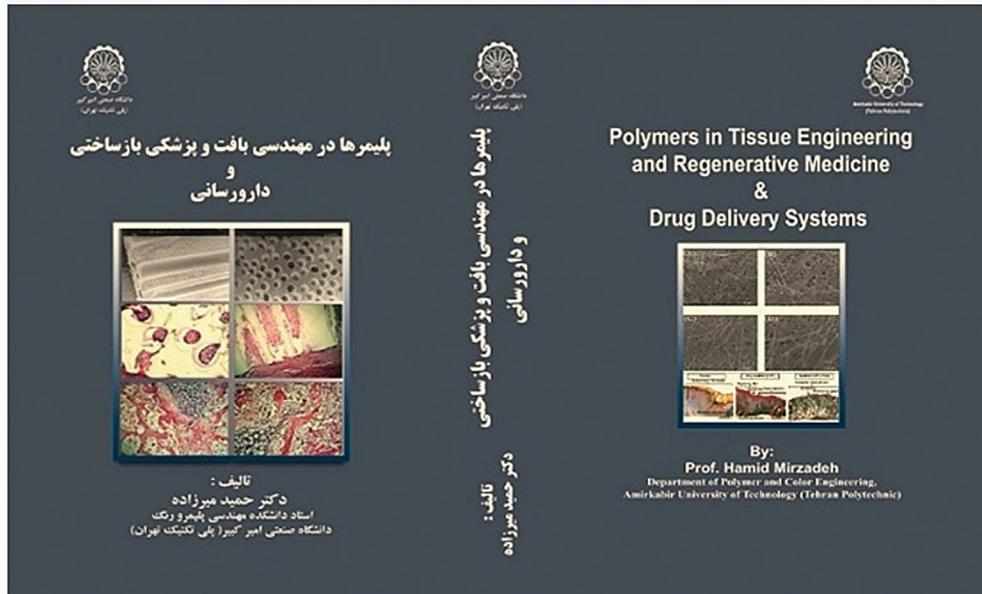
۳- آشنایی با پلیمرهای پرمصرف در پزشکی مانند پلی‌یورتان‌ها، سیلیکون‌ها، پلی‌کربنات‌ها، پلی‌الفین‌ها ...

۴- خواص زیستی پلیمرهای پرمصرف در ساخت پروتژها و تجهیزات پزشکی که برای تمام مواد نام برده در فصل ۳

پلیمرها در مهندسی بافت و پزشکی بازساختی و دارورسانی

paria.nobakht@aut.ac.ir

پریا نوبخت



این کتاب از کامل ترین کتاب‌ها در حوزه پلیمرهای زیست تخریب‌پذیر است و در آن به طور کامل از چگونگی انتخاب مواد و سنتز آن‌ها تا انواع پلیمرهای زیستی و کاربرد گسترده آن‌ها در مهندسی پزشکی توضیح داده شده است. یکی از مهم‌ترین مزایای آن توضیحات جامع درباره ساز و کارهای دارورسانی در بدن و یافتن نیازهای جدید جامعه امروز برای تولید پلیمرهای زیستی است. از نکات برجسته کتاب می‌توان به ارائه جامع روش‌های ساخت داربست‌های مهندسی بافت و معایب و مزایای هر روش اشاره کرد. این کتاب در ۱۷ فصل به طور کامل نقش پلیمرها در مهندسی بافت و پزشکی، راههای استفاده از پلیمرها در دارورسانی، روش‌های انتخاب و سنتز مواد، چسب‌های زیستی، روش‌های اصلاح خواص سطحی پلیمرها، پلیمرهای خون سازگار، ایمپلنت‌های دائمی پلیمری، کاربرد ارتوپدی پلیمرها و نانوذرات پلیمری به عنوان حامل داروهای ضد سرطانی توضیح داده است. همچنین لیست کامل و جامعی از انواع پلیمرهای زیست تخریب‌پذیر در انواع حوزه‌های پزشکی ارائه داده است که می‌توان متناسب با نیازهای مطالعه هر قسمت بدن آن‌ها را دسته‌بندی کرد. این کتاب توسط دکتر میرزاده، استاد دانشگاه و یکی از برجسته‌ترین اشخاص در حوزه بایوپلیمرها در ایران تألیف شده است. ایشان فارغ التحصیل از دانشگاه فردوسی مشهد در مقطع کارشناسی، دارای کارشناسی ارشد از دانشگاه صنعتی امیرکبیر و دارنده درجه دکتری از دانشگاه نیو ساوت ولز استرالیا در رشته مهندسی پلیمر هستند. وی تا کنون چندین بار به عنوان پژوهشگر نمونه در دانشگاه صنعتی امیرکبیر و پژوهشگاه پلیمر و پتروشیمی ایران و در سال ۱۳۸۷ نیز به عنوان استاد نمونه کشوری انتخاب شد و چندین بار هم از جشنواره‌های خوارزمی و رازی مفتخر به دریافت جایزه پژوهشگر برتر در زمینه پلیمرهای پزشکی گردید.

نام نویسنده: حمید میرزاده

تعداد صفحات: ۹۰۶

ISBN: ۹۷۸-۹۶۴-۴۶۳-۸۸۸-۶

نام کتاب: پلیمرها در مهندسی بافت و پزشکی بازساختی و دارورسانی

ناشر: انتشارات دانشگاه صنعتی امیرکبیر(پلی تکنیک تهران)

سال انتشار: ۱۴۰۲





مصاحبة



مصاحبه با دکتر شاداب باقری

mehdi.ghasempour@aut.ac.ir

◀ مهدی قاسمپور

h_heydarinasab@aut.ac.ir

◀ هلیا حیدری نسب

ahmd.ahmadpour@gmail.com

◀ احمد احمدپور

۱- ابتدا لطفا برای خوانندگان پت خودتان را معرفی می کنید؟

سلام، من شاداب باقری هستم، استادیار دانشکده پلیمر و رنگ دانشگاه امیرکبیر و مدیر گروه بایو پلیمر و پلیمریزاسیون. مدرک تحصیلی من دکتری مهندسی پزشکی است.

۲- مسیر دوران تحصیلی و دانشجویی خودتان را توضیح می دهید؟

مسیر دوره تحصیلی و دانشجویی من چنین بوده است: من مدرک لیسانس خود را در رشته مهندسی مواد از دانشگاه سهند تبریز دریافت کردم. در دوره کارآموزی، به واسطه علاقه‌ام به کارهای عملی در صنعت، ذوب‌آهن اصفهان را برای کارآموزی انتخاب کردم که باعث شد تا دید صنعتی خوبی پیدا کنم. این مجموعه در آن زمان بزرگ‌ترین مجتمع صنعتی ایران بود، تجربه کارآموزی من بسیار جالب بود و تمامی قسمت‌های کارخانه را با جزئیات کامل و از نزدیک به همراه سرمهندسین هر بخش بازدید می کردیم و از لحاظ عملی بسیار آموزنده بود. ولی در نهایت متوجه شدم علاقه من به زمینه‌های تحقیقاتی و به روز علمی است. در دوره لیسانس، یکی از اساتیدم که در زمینه بیومتریال کار می کرد به من پیشنهاد داد که در کنکور ارشد در رشته مهندسی پزشکی شرکت کنم و ادامه تحصیل را در رشته مهندسی پزشکی به جای رشته مواد دنبال کنم. من هم همین کار را انجام دادم و ارشد و دکتری را در رشته مهندسی پزشکی در پل تکنیک تهران ادامه دادم. از این بابت بسیار خوشحال هستم، زیرا این رشته موضوعات متتنوع و جذابی داشت و از نظر پیچیدگی موضوعات نیز برای من مناسب‌تر بود.

۳- به نظر شما یک فرد برای انتخاب این رشته چه توانمندی‌ها و ویژگی‌هایی باید داشته باشد؟

بنظر من، برای انتخاب رشته مهندسی پزشکی، فرد باید دارای ویژگی‌ها و توانمندی‌های زیر باشد:

۱. داشتن پس‌زمینه قوی در علوم فنی و مهندسی: فرد باید از پایه‌های محکمی در زمینه‌های مهندسی برخوردار باشد تا بتواند مفاهیم و موضوعات پیچیده این رشته را درک کند.
۲. علاقه به مسائل زیست‌شناسی و بدن انسان: فرد باید علاقه‌مند به مطالعه و فهم ساختارهای زیستی و عملکرد بدن انسان باشد. این علاقه باعث می‌شود که فرد انگیزه و انرژی لازم برای تحصیل در این رشته را داشته باشد.
۳. دید کلی و جامع نگر: در حوزه مهندسی پزشکی، موضوعات مختلفی از جمله علم مواد و پلیمر، زیست‌شناسی، پزشکی، دامپزشکی و سایر رشته‌های مرتبط دخیل هستند. فرد باید بتواند با دید کلی و جامع به این موضوعات بنگردد و ارتباط بین آن‌ها را درک کند.
۴. آشنایی با زبان مشترک میان علوم مهندسی و پزشکی: در این رشته، برقراری ارتباط موثر بین متخصصان مهندسی و پزشکی بسیار مهم است. فرد باید بتواند این زبان مشترک را فرا گیرد.
۵. توانایی کار در تیم‌های میان‌رشته‌ای: با توجه به ماهیت چندرشته‌ای این حوزه، فرد باید توانایی همکاری و کار در تیم‌های متشکل از متخصصان مختلف را داشته باشد.

۴- آیا دستاوردهای چشمگیر و مورد اهمیتی در خاطر دارید که در طول این دوران فعالیت‌تان به ما بگویید؟

در دوران تحصیلم، دوره کارشناسی ارشد را از موفق‌ترین دوره‌های خود می‌دانم. این دوره بسیار پر دستاوردهای من بود. از پژوهه کارشناسی ارشدم توانستم دو مقاله علمی پژوهشی و ۲ مقاله ایا چاپ کنم. همچنین ثبت یک اختراع و ارائه ۳ مقاله در کنفرانس‌های مختلف را داشتم. در جشنواره رازی (معادل جشنواره خوارزمی برای رشته‌های پزشکی) نیز توانستم به عنوان همکار طرح، رتبه سوم را کسب کنم. علاوه بر این فعالیت‌های جانبی و فرهنگی زیادی هم در داخل دانشگاه داشتم.

از لحاظ کاری و به عنوان عضو هیات علمی دانشکده مهندسی پلیمر، دستاوردهای مختلفی از جمله چاپ بیش از ۴۰ مقاله ISI و علمی پژوهشی، ثبت اختراق بین‌المللی (USPatent)، ارائه مقاله در کنفرانس‌های ملی و بین‌المللی، و اجرای طرح‌های پژوهشی و صنعتی مختلف، عضویت در شورای پژوهشی مرکز تحقیقات بیولوژی سرطان، عضویت در هیات مؤسس انجمن بیومتریال و مهندسی بافت ایران، و کمک به تاسیس گرایش بیوپلیمر در دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ را داشتم. از بین همه اینها مهم‌ترین دستاوردم را پرورش بیش از ۴۰ دانشجوی کارشناسی، کارشناسی ارشد و دکتری در حوزه بیوپلیمرها می‌دانم. به نظر من پروش نسل جوان علاقه مند و خبره مهم‌ترین سرمایه برای ساخت ایران فرداست و این افتخار من است که توانسته‌ام نقشی در پرورش این دانشجویان عزیز داشته باشم.

۵- به نظر شما یک مهندس رشته پلیمر که در مقطع ارشد گرایش بایو پلیمر را خوانده و یک مهندس رشته پزشکی چه تفاوت های شاخصی با همدیگر ممکن است داشته باشند؟

یک مهندس رشته پلیمر که در مقطع ارشد گرایش بیوپلیمر را خوانده و یک مهندس رشته پزشکی، نقاط اشتراکی از جمله بحث کاربردهای پزشکی پلیمرها و تفاوت‌هایی مثل کاربردهای صنعتی پلیمرهای طبیعی و یا پلاستیک‌های زیست تخریب‌پذیر دارند. مهندس پلیمر با گرایش بیوپلیمر، علاوه بر کاربردهای پزشکی پلیمرها بر روی تولید پلیمرهای زیستی و پلاستیک‌های زیست تخریب‌پذیر نیز تمرکز دارد. این پلیمرها اغلب از منابع طبیعی مانند گیاهان و ضایعات کشاورزی مشتق می‌شوند. موضوعات مورد مطالعه در این گرایش، شامل بررسی خواص و کاربردهای این پلیمرها در حوزه‌های مختلف از جمله پزشکی و محیط‌زیست است. همچنین، مباحث مربوط به تبدیل ضایعات به مواد پلیمری جدید نیز در این گرایش مطرح می‌شود. در مقابل، مهندس پزشکی با تمرکز بر دروس آناتومی، فیزیولوژی و علوم پایه پزشکی، بیشتر از منظر زیستی به پلیمرها نزدیک می‌شوند. بنابراین، اگرچه گرایش بایوپلیمر به طور کامل با مهندسی پزشکی مرتبط نیست و بخشی از آن به پلیمرهای زیستی و زیست تخریب‌پذیر مربوط می‌شود، اما هر دو رشته در نهایت به دنبال ارائه راه حل‌های نوآورانه برای بهبود سلامت و محیط‌زیست هستند.

۶- خانم دکتر باقری دانشجویی هستند که کنکور ارشد دادند که نسبت به گرایش فراورش و پلیمریزاسیون راغب‌تر هستند، به این دلیل که گرایش بایو پلیمر تازه تاسیس هست و نسبت به فرآورش و پلیمریزاسیون آینده شغلی نامعلومی دارد. سوال بنده این است که شما به عنوان کسی که پیشگام در تاسیس این گرایش بودید، چه راهکاری برای افراد و دانشجویان مستعد دارید که گرایش فرآورش را انتخاب کرده‌اند و بعدا متوجه شدند که این گرایش هم جایگاه رشد برایشان دارد؟

اول از همه، باید توجه داشت که انتخاب گرایش بستگی به علاقه و زمینه تحقیقاتی فرد در گذشته دارد. اما در نهایت، همه دانشجویان با مدرک مهندسی پلیمر فارغ‌التحصیل می‌شوند. مسئله اصلی این است که دروس و پروژه‌های هر گرایش با هم مربوط هستند و این ارتباط برای موفقیت در آن گرایش ضروری است. دانشجویان گرایش فرآورش و پلیمریزاسیون که به سمت گرایش بایوپلیمر می‌آیند، به دلیل عدم گذراندن دروس مرتبط با زیست‌سازگاری، زیست تخریب‌پذیری، مهندسی بافت و روش‌های آنالیز سطوح پلیمرهای زیست‌سازگار، در زمینه بایو پلیمر با چالش مواجه می‌شوند. در مقابل، دانشجویان گرایش بایوپلیمر که دروس تخصصی این حوزه را گذرانده‌اند، درک بهتری از کاربردهای مواد پلیمری موقه‌ای در حوزه پزشکی دارند. بنابراین، اگر فرد علاقه‌مند به زمینه پزشکی است، انتخاب گرایش بایوپلیمر گزینه بهتری خواهد بود تا فرآورش. در واقع، برای انتخاب گرایش بایو پلیمر باید هدف و مسیر علاقه‌مندی خود را در نظر گرفت و بین گرایش‌های مختلف مانند فرآورش، نانو، پلیمریزاسیون و بایوپلیمر انتخاب کرد.

به عنوان مثال، اگر فرد علاقه‌مند به راهاندازی کسب‌وکار شخصی است، گرایش بایوپلیمر گزینه مناسبی است؛ چراکه بازار اشباع نشده‌ای دارد و با توجه به شرایط تحریم، پتانسیل رشد بالایی دارد.

در نهایت، باید گفت که انتخاب موضوعات مربوط به یک گرایش برای دانشجویان گرایش دیگر برای مثال انتخاب موضوع از بایوپلیمر برای دانشجویان فراورش یا بالعکس، مسیر اشتباهی است. بنابراین، توصیه می‌شود که دانشجویان از ابتدا گرایش مورد علاقه خود را انتخاب کرده و در آن مسیر تحصیلی و پژوهشی خود را ادامه دهند.

۷- احساس نیاز به گرایش بایو پلیمر مدت زمان زیادی بود که در دانشکده حس می‌شد؛ به نظر شما چرا اینقدر دیر این گرایش معرفی و تاسیس شد؟

به دلیل وجود رشته و گرایش مشابه در دانشکده مهندسی پزشکی در دانشگاه، کمی سخت بود اثبات اینکه این دو گرایش با هم متفاوت هستند و لزوماً مشابه با هم نیستند. من یادم می‌آید که من در این دانشکده استخدام شدم تا بحث گرایش بیوپلیمر جدی‌تر شود، با توجه به اینکه من در رشته مهندسی پزشکی تحصیل کرده‌ام و استخدام من هم به همین دلیل بود. یادم هست در سال اول و دوم حضورم، سرفصل‌های این گرایش را با اهتمام آقای دکتر میرزاده که از بنیان گذاران علم بیومتریال و بیوپلیمر در ایران هستند و مدت زمان زیادی در این حوزه فعالیت می‌کنند و همکاری دیگر اعضای هیأت علمی دانشکده تهیه کردیم و مصوبه وزارت علوم نیز اخذ شد. اما تاسیس این گرایش در دانشکده خودمان به دلیل مشایه‌هایی که ممکن بود با گرایش مهندسی پزشکی-بیومتریال داشته باشد به تأخیر افتاد. لازم به ذکر است آقای دکتر رفیع زاده معاون آموزشی دانشگاه و آقای دکتر گرمابی رئیس وقت دانشکده نیز در اخذ مجوز این گرایش برای دانشکده بسیار موثر بودند.

۸- یکی از چالش‌هایی که می‌بینیم و دانشجویان گرایش بایو هم متذکر شده‌اند، این هست که از لیست دروسی که در ترم آینده ارائه می‌شوند، اطلاعی ندارند. نظر شما چیست؟

به هر حال زمانی که گرایش جدیدی تاسیس می‌شود، مدتی طول می‌کشد تا درس‌ها تصویب شوند. همچنین ورود به فاز بازنگری برای ارائه دروس مدتی طول می‌کشد و انشالله از سال آینده این اتفاق می‌افتد. البته دانشجویان این گرایش با وجود دروس تخصصی و اصلی و دروس اختیاری که در حال حاضر آرائه می‌شود می‌توانند دروس گرایش خود را اخذ کنند و از این نظر مشکلی نداشته باشند.

۹- بسیار ممنونم از وقتی که در اختیار ما گذاشتید. برای حرف اخر اگر کلامی هست بفرمایید.

این صحبت را خطاب به همه دانشجویان نه فقط دانشجویان گرایش بایو پلیمر دارم؛ به عنوان یک دانشجو، من به شما توصیه می‌کنم که برای اینده خود برنامه ریزی داشته باشید. موفق‌ترین دانشجویانی که من در دوران کاری خود دیده‌ام کسانی بودند که از روز اول برای ۱۰ سال آینده خود هدف تعیین کرده بودند و برنامه داشته‌اند. در این راه فرآیند تصمیم‌گیری را به دقت و با بررسی همه جوانب انجام دهید. انتخاب‌های شما باید با فکر و تأمل صورت گیرد و همه پارامترهای مرتبط را در نظر بگیرد. این بهترین راه برای رسیدن به تصمیمات درست است و شما را به موفقیت نزدیک‌تر خواهد کرد. دورانی که شما در آن زندگی می‌کنید بهترین دهه عمر شماست. تا جایی که می‌توانید یاد بگیرید و در عین حال از زندگی خود لذت ببرید.



صاحبہ با ابراهیم تاجیک، دانشجوی دکتری مستقیم دانشگاه اکرون

Mehrana.mahlou@aut.ac.ir

◀ مهرانا محلو

۱- لطفاً خودتان را برای خوانندگان پت معرفی کنید و مسیر تحصیلیتان را شرح دهید.

ابراهیم تاجیک هستم. ورودی سال ۹۷ رشته پلیمر دانشگاه امیرکبیر بودم. دوره کارشناسی من باید ۴ ساله تمام می‌شد ولی به دلیل اینکه اولین ترم کروناوی را مخصوصی گرفتم، ۴.۵ ساله تمام شد. در واقعیت، قصد نداشتمن خارج از کشور درس بخوانم. تقریباً در همان ترم اول کرونا که دانشگاه تعطیل بود و من هم مخصوصی گرفتم، شروع کردم به بررسی دانشگاه‌های مختلف برای اپلای کردن و اینکه چه کشوری را دوست دارم. ابتدا نظرم روی اروپا بود ولی بعداً فکر کردم که آمریکا می‌تواند گزینه بهتری باشد. در همین حین که دانشگاه‌های مختلف را بررسی می‌کردم، به دنبال پیدا کردن حوزه‌ای بودم که به آن علاقه‌مند هستم و چه کارهایی را دوست دارم انجام دهم. تقریباً با ۴ استاد مختلف در دانشکده همکاری کردم تا بفهمم که به چه چیزی علاقه‌مند هستم. در نهایت متوجه شدم که به کاربرد پلیمرها در زمینه‌های بایومدیکال و پزشکی بسیار علاقه‌مندم و قصد دارم در مقطع کارشناسی ارشد یا دکترا در همین زمینه‌ها اپلای کنم.

۲- از همکاری خودتون با اساتید مختلف و اینکه چگونه متوجه شدید که به بایوپلیمرها علاقه‌مند هستید، توضیحی بفرمایید.

من در ابتدا بر روی موضوع کاربرد ماشین‌یادگیری و پلیمرها متمرکز بودم و هم‌مان با شروع کار، به یادگیری پایتون و ماشین‌لرنینگ پرداختم که کار بسیار سختی بود. اما چون در دوره کرونا در خانه بودم، زمان زیادی داشتم و تقریباً در طول ۴ ماه به صورت فشرده پایتون و ماشین‌لرنینگ را فرا گرفتم و مقالات مختلفی را مطالعه کردم. اما نمی‌توانستم ارتباط خوبی با آن برقرار کنم، پس به پیشنهاد استادم، شروع به کار روی شبیه‌سازی دینامیک مولکولی کردم که به نظر من جالب‌تر بود. در این مرحله، استادم دو نفر شدند. تقریباً ۷-۸ ماه روی این موضوع پیش‌رفتم، اما با توجه به اخلاقی که من دارم و باید همه چیز را به صورت کامل یاد بگیرم، که حتی الان در مقطع دکترا هم ممکن نیست، سعی داشتم در تحقیقات اولیه روی همه مباحث این حوزه مسلط شوم و سپس کار عملی را شروع کنم، اما این امکان‌پذیر نبود و با این موضوع مشکل داشتم. همچنین، من از پشت میز نشینی بدم می‌آمد و به همین دلیل آن پروژه را کنار گذاشتم. سپس با استاد دیگری شروع به کار روی اسفنج‌ها کردم. بعد از دو ماه که مرور مقالات را انجام دادم و کمی در آزمایشگاه کار کردم، متوجه شدم که این پروژه علاقه من نیست و آن را کنار گذاشتم. در نهایت، با دکتر حدادی اصل که آخرین استادم بود، روی سیستم‌های دارورسانی کار کردم و در این پروژه متوجه شدم که به کاربردهای بایومدیکال علاقه‌مند هستم. در همین حین، مطالعاتی روی هیدروژل‌ها و موارد دیگر داشتم و دیدم که علاقه‌ام به بایومدیکال بیشتر است و همان پروژه را ادامه دادم. هرچند پروژه به طور کامل به پایان نرسید، اما تجربه خوبی بود و چیزهای مختلفی در آزمایشگاه یاد گرفتم که برای آینده مفید بود.

۳- کمی از دانشگاه‌تان برایمان بگویید. از اینکه دانشگاه آکرون را انتخاب کردید راضی هستید و به نظر تان دانشگاه مناسبی هست؟

این دانشگاه اگرچه شهرت و اعتباری به اندازه دانشگاه‌های معروفی مانند میشیگان یا کرنل ندارد و جزو دانشگاه‌های متوسط در آمریکا محسوب می‌شود، اما در زمینه پلیمر بسیار قوی است. در دانشگاه من، زمینه پلیمر بسیار قوی است و استادان مطرحی در آن حضور دارند. این برای من که در زمینه بایومدیکال پلیمرها کار می‌کنم، بسیار مناسب است. همچنین از نظر تجهیزات آزمایشگاهی برای تست پلیمرها و تجزیه و تحلیل آن‌ها هیچ مشکلی ندارم و به طور کلی از دانشگاه خود بسیار راضی هستم.

در دوران دکترا، استاد و پروژه‌ای که انجام می‌دهم و اینکه آیا می‌توانم با استاد خود کنار بیایم و پروژه را دوست داشته باشم، بسیار مهم است. اگرچه معتقدم نام دانشگاه در موقعیت‌های شغلی آینده تأثیرگذار است، اما مهم‌تر این است که چه کاری انجام داده‌ام تا اینکه در کدام دانشگاه آن را انجام داده‌ام.

۴- الان که مهاجرت کردید، به عنوان کسی که در رشته بایومتریال فعالیت می‌کند، دسترسی به امکانات و مواد و تجهیزات و تست‌ها برای شما چگونه است؟

به عنوان یک دانشجوی جدید در دانشگاه آکرون، من تا به امروز تجربیات خوبی از امکانات و تجهیزات آزمایشگاهی این دانشگاه داشتمام. ۱۰ ماه از زمانی که به اینجا آمدهام می‌گذرد و در این مدت، هر چیزی که برای انجام پژوهش‌های خود نیاز داشتمام، با همکاری استادم تأمین کرده‌ام.

یکی از مواردی با آن مواجه شده‌ام، هزینه‌بر بودن برخی تجهیزات تخصصی مانند دستگاه فلوسایتومتری است. این دستگاه‌ها معمولاً در سطح دانشکده یا دپارتمان موجود هستند و همه دانشجویان می‌توانند از آنها استفاده کنند. متاسفانه خرید این دستگاه‌ها برای آزمایشگاه‌های شخصی امکان‌پذیر نیست. با این حال، خوشبختانه دسترسی به این تجهیزات برای من به راحتی فراهم است و تاکنون هیچ مشکلی در انجام آزمایش‌های مورد نیاز نداشتمام. امیدوارم که این روند در آینده نیز ادامه داشته باشد و بتوانم به راحتی به همه امکانات مورد نیاز خود دسترسی داشته باشم.

۵- در مورد هزینه انجام تست‌ها برایمان توضیح می‌دهید؟ هزینه پروژه به چه صورتی پرداخت می‌شود؟

به عنوان یک دانشجوی بایوتکنولوژی که به تازگی به ایالات متحده مهاجرت کرده‌ام، متوجه شده‌ام که دسترسی به تجهیزات آزمایشگاهی تخصصی در اینجا به شکل قابل توجهی متفاوت از ایران است. در ایران، دسترسی به تجهیزات پیشرفته مانند دستگاه GPC به دلیل هزینه‌های بالا و محدودیت‌های موجود، همواره چالش بزرگی بوده است. اغلب آزمایشگاه‌ها تنها یک یا دو نمونه از این تجهیزات را در اختیار داشته‌اند و دانشجویان برای استفاده از آنها باید هزینه‌های زیادی را پرداخت می‌کردند. اما در اینجا، شرایط به شکل چشمگیری متفاوت است. بسیاری از این تجهیزات در سطح دانشکده‌ها و دپارتمان‌ها موجود هستند و دانشجویان می‌توانند به راحتی از آنها استفاده کنند. هرچند هزینه استفاده از این دستگاه‌ها بر اساس ساعت کار محاسبه می‌شود، اما این هزینه‌ها به طور کلی مقرن به صرفه هستند و اساتید بسته به نیاز پروژه آن‌ها را پرداخت می‌کنند. علاوه بر این، در مواردی که نیاز به آزمایش‌های تخصصی‌تر و حساس‌تر باشد، دانشگاه‌های اطراف نیز ارائه‌دهنده این خدمات هستند که با پرداخت هزینه‌ای مناسب، می‌توان از آن‌ها استفاده کرد. این موضوع به ویژه برای آزمایش‌های سلولی و بایومواد که نیاز به تجهیزات پیشرفته‌تری دارند، بسیار مفید است.

در مجموع، می‌توان گفت که دسترسی به تجهیزات آزمایشگاهی در اینجا به مراتب آسان‌تر و مقرن به صرفه‌تر از ایران است. این امر به من این امکان را می‌دهد که بدون نگرانی از محدودیت‌های مالی، پژوهش‌های تحقیقاتی خود را به بهترین شکل ممکن انجام دهم و به اهداف علمی خود دست پیدا کنم.

در آمریکا، هزینه‌های آزمایشگاهی معمولاً بر عهده استاد راهنما است و دانشجو مستقیماً هزینه‌ای پرداخت نمی‌کند. بودجه‌ای که استاد در اختیار دارد، تعیین کننده میزان آزمایشات و تکرار آنهاست. در مواردی که نیاز به آزمایش‌های تخصصی‌تر و درون‌تنی باشد، استاد با همکاری مرکز پژوهشی مانند دانشکده‌های پژوهشی یا بیمارستان‌ها این امکانات را فراهم می‌کند. در این موارد، نقش دانشجو بیشتر نظارتی و مشورتی است تا انجام مستقیم آزمایشات. این رویکرد به دانشجویان این امکان را می‌دهد که بدون نگرانی از هزینه‌های آزمایشگاهی، بر روی پژوهش‌های تحقیقاتی خود تمرکز کنند و از امکانات پیشرفته موجود در دانشگاه و مرکز پژوهشی استفاده نمایند. این شرایط به مراتب بهتر از محدودیت‌های موجود در ایران است.

۶- چالش‌هایی در روند تحصیل شما در خارج از کشور به وجود آمده است که قبل از آن اطلاعی نداشتید؟

چون من تغییر رشته داده بودم، ترم اول برایم کمی سخت بود. اولین درسی که داشتم فیزیولوژی بود و هیچ ایده‌ای از زیست‌شناسی نداشتم، که برایم کمی شوکه کننده بود. اما کلا سختی آنچنان عجیب غریبی نداشت که بگویم نمی‌شود از پسش برآمد. صرفا نیاز داشتم کمی عادت کنم به اینکه در کلاس انگلیسی بشنوم، زیرا روش‌های تدریس و امتحان گرفتن کمی متفاوت بود. مثلا برایم عجیب بود که بین امتحان پایان ترم و آخرین جلسه کلاس‌ها هیچ فاصله‌ای نبود و من یک هفته فرصت مطالعه نداشتم. یا اینکه بودجه میان ترم دقیقا تا آخرین مبحث تدریس شده قبل از میان ترم بود و هیچ انعطافی روی تغییر سرفصل امتحان وجود نداشت. این‌ها کمی با دانشگاه امیرکبیر که من در آن



درس خوانده بودم متفاوت بود. همچنین اکثر امتحانات من تا به حال به صورت کامل و بدون حذف بوده است، یعنی هر چیزی که در میان ترم بوده در پایان ترم هم بوده است. یکی از مزایای درس خواندن در آمریکا نسبت به ایران این است که اساتید همیشه در دسترس هستند. هر چقدر که ایمیل بزنی، خیلی سریع پاسخ می‌دهند و در دفتر خود در دانشگاه حضور دارند. این چیزی بود که در ایران کمتر تجربه کرده بودم و گاهی اساتید به سوالات ابتدایی من با تمسخر پاسخ می‌دادند. اما در اینجا چنین برخوردي وجود ندارد و اساتید همواره با روی باز به سوالات من پاسخ می‌دهند.

۷- آیا در آنجا امکان کار و اشتغال بعد از فارغ التحصیلی در زمینه تخصصی شما فراهم است؟

آنچه که می‌بینم یا از دوستانی که از همین دانشگاه فارغ التحصیل شده‌اند می‌شنوم این است که مشکلی با اشتغال ندارند. این به این دلیل است که اینجا بسیار بزرگ است و حتی کمبود نیروی کار نیز وجود دارد. یعنی در هر دانشگاهی، چه معروف و چه غیرمعروف، اگر دانش لازم را داشته باشی، به راحتی می‌توانی شغل پیدا کنی. آنچه که در آمریکا رایج است این است که همه از ساعت هشت صبح تا پنج بعدازظهر کار می‌کنند و کارشان واقعاً با تمرکز است. بعد از آن زمان، وقت آنها برای خانواده و زندگی شخصی‌شان است. آخر هفته‌ها هم کاملاً برای خودشان است. اما ما که بین المللی هستیم، موضوع کمی متفاوت است و باید بیشتر تلاش کنیم تا خود را اینجا اثبات کنیم. معمولاً دانشجویان دکترا در آخر هفته‌ها هم مشغول کار هستند. آنچه که مهم است این است که در دنیای امروز، در همه جا ارتباطات و آشنایی‌ها اهمیت دارد. مثلاً استادی که با او کار می‌کنی، ممکن است کسی را در مکان‌های معتبر بشناسد که بعداً بتواند تو را به آنجا معرفی کند. اما این به آن معنا نیست که اگر سطح علمی کافی را نداشته باشی، استاد تو را معرفی کند و بتوانی آن شغل را به دست آوری. تو باید خودت بنیان و پایه مناسبی داشته باشی. حالا اگر استاد تو را معرفی کند، ممکن است در مصاحبه کمی شانس بیشتری داشته باشی، اما در نهایت همه باید در مصاحبه خوب عمل کنند. آنچه که شنیده ام این است که برای استخدام در یک شرکت، حداقل پنج مصاحبه انجام می‌دهند و افراد را فیلتر می‌کنند.

۸- آیا درس خواندن در دانشگاه امیرکبیر که یکی از برترین دانشگاه‌های ایران است، مزیتی برای شما داشته است و چگونه؟

واقعاً خوشحالم که در امیرکبیر درس خواندم و رشته پلیمر را انتخاب کردم. این دانش پلیمری که اکنون دارم، خیلی به من کمک می‌کند، مخصوصاً که در حوزه بایومدیکال کار می‌کنم. مثلاً وقتی با دید پلیمری به خواندن مقالات پژوهشی می‌پردازم، قادر می‌شوم به نکات ریزتر و جزئیات بیشتری در توجیه پدیده‌ها پی‌برم. درست است که تجربیات بد

هم داشته ام و شاید می توانستم تصمیمات بهتری بگیرم، اما از تک تک آن گریهها و ناراحتی هایی که در زمان امتحانات داشتم، لذت برده‌ام. همه آن‌ها به من چیزی آموختند و به من افزودند. هر چالشی که پشت سر گذاشت، به من چیزی بخشد و مرا غنی‌تر کرد.

۹- سخت ترین و شیرین ترین تجربه‌ی دوره تحصیل شما در دانشگاه امیرکبیر چه بوده است؟

سخت ترین دوره‌ای که من داشتم، فکر کنم دوره کرونا بود. چرا که وسط ترم چهار و وسط پیج ورود به دروس تخصصی، کرونا آمد. به همین دلیل بود که من مخصوصی گرفتم، چون همه چیز خیلی بی نظم شده بود. اما در میان این همه سختی، چیزهای شیرینی هم داشتم. همه‌ی دروسی که داشتم را واقعاً دوست داشتم و از تک تک آن‌ها لذت بردم. با اینکه سخت بود، اما از زمانی که در آن کلاس‌ها بودم، کیف می‌کردم. حتی نمره‌های بالا هم برایم خوشایند بود، این چیزی نیست که بخواهم انکارش کنم. اما چیزی که برایم بسیار ارزشمند و زیبا بود، آن جمع و دوستان دانشگاهی ام بود. همیشه دوست داشتم آخر هفته‌ها هم به دانشگاه بیایم، اما چون خانه‌ام خیلی دور بود، نمی‌توانستم. من دانشگاه را خیلی دوست داشتم و کلاً دلتنگ آن و همه‌ی لحظات آن می‌شوم، حتی با سختی‌هایش و اتفاقاتی که می‌افتد. همه آن‌ها برایم شیرین بود. حتی با گذشت ده ماه، هنوز دلتنگشان هستم. انگار بخش زیادی از عمرم در آنجا گذشته است.

۱۰- در مدت تحصیلتان در دانشگاه آکرون تجربه شیرینی داشتید که بخواهد با خوانندگان ما به اشتراک بگذارید؟

چیزی که برایم بسیار دوست داشتنی بود، این بود که هر جا که می‌رفتم، حتی اگر شخصی برجسته در زمینه پلیمر یا بایومدیکال هم بود، بسیار متواضع و دوستانه برخورد می‌کردند. این واقعاً برایم عجیب بود. به عنوان مثال، در سپتامبر که ماه اول ورودم به دانشگاه بود، در دانشگاه کیس وسترن که نزدیک محل زندگی‌ام بود، سمپوزیوم انجمن بایومتریال برگزار می‌شد. من فقط به این دلیل که ببینم چطور است، به آنجا رفتم. در آنجا، یک استاد از دانشگاه نورث وسترن سخنران آن جلسه بود و حدود چهل دقیقه در مورد تحقیقاتش صحبت کرد و کاری که من می‌خواستم انجام دهم، شبیه به آن بود. بعد از آن، در زمان ناهار، من رفتم و نشستم کنارش و گفتم می‌توانم از او سوال بپرسم. اگرچه استرس داشتم، اما او بسیار دوستانه و راهنما بود. به او گفتم که تازه دانشجوی دکترا شده‌ام و قرار است روی این موضوع کار کنم. او به من گفت اگر روی بایومدیکال کار می‌کنی، روی یک ماده خاص تمرکز کن و به شاخه‌های دیگر نرو. گفت اگر روی همان چیزی که در ابتدا پیدا کرده‌ای تمرکز کنی، قطعاً نتیجه خواهی گرفت. این برایم بسیار شیرین بود که بتوانم به راحتی با هر فردی در این مسیر صحبت کنم و برخورد دوستانه‌ای داشته باشند.



۱۱- قبل از گرایش بايو در دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ دانشگاه امیرکبیر نبود. نظر تان در مورد اضافه شدن آن چیست؟

اینکه گرایش بايو در مقطع کارشناسی ارشد آمده است، بسیار خوب است، چرا که یک سال فرصت داریم تا کار عملی انجام دهیم. اما نکته ای که وجود دارد این است که باید به امکانات خود نگاه کنیم. درست است که ما این گرایش را داریم، اما تا آنجایی که بادم می آید، ما امکانات آزمایشگاهی خود مختار در دپارتمان نداریم. یعنی اگر می خواهم چنین گرایشی داشته باشم، باید یا خودم این امکانات را ایجاد کنم، یا همکاری خوبی با مهندسی پزشکی برقرار کنم که ما در این زمینه ضعیف بودیم. به عنوان مثال، اگر من تنها روی بیومتریال کار کنم، قطعاً مقاله ای را در یک ژورنال منتشر خواهم کرد که تأثیر چندانی نخواهد داشت. اما اگر اقدام کنم و همکاری بین رشته‌ای با مهندسی پزشکی داشته باشم و سپس آن را منتشر کنم، قطعاً کار بهتری خواهم داشت. همین فرهنگ دوستانه و همکاری بین اساتید در اینجا باعث افزایش بهره وری می شود. همه همدیگر را می شناسند و با هم کار می کنند. ده ماه، هنوز دلتگشان هستم. انگار بخش زیادی از عمرم در آنجا گذشته است.

۱۲- برای دانشجویانی که میخواهند مسیرشان را انتخاب کنند چه توصیه ای دارید که خودتان از آن درس گرفتید؟ به آنها توصیه می کنید چه مهارت‌هایی یاد بگیرند؟

کاملاً موافقم که باید به تجربه سال بالای‌ها گوش دهیم، امانه به صورت کورکورانه. باید خودمان نیز پرس و جو کنیم و تحقیق کنیم. گاهی ممکن است سال بالای‌ها تنها بر اساس تجربه خود قضاوت کنند، در حالی که واقعیت متفاوت باشد. به عنوان مثال، اگر بشنویم فلانی فقط در یک زمینه تحقیق می‌کند یا با فلان جنسیت مشکل دارد، نباید این را به طور قطع بپذیریم. بهتر است خودمان با آن استاد صحبت کنیم تا واقعیت را بفهمیم. در مورد مهارت‌ها نیز باید دقیق کنیم. درست است که دوره کارشناسی و کارشناسی ارشد زمان یادگیری است، اما نباید بدون احساس نیاز چیزی را یاد بگیریم. به عنوان مثال، من الان به شدت به یادگیری سالیدورک نیاز دارم و در حال فراگیری آن هستم. اما اگر بخواهم چیزی را بدون نیاز یاد بگیرم، بسیار بیهوده خواهد بود. یک نکته مهم و عمومی که می توانم بگویم این است که همه دانشجویان باید یک نرم افزار طراحی را یاد بگیرند. چه طراحی عکس، چه طراحی ساختار و غیره. ابزارهایی مانند **Illustrator** یا **Enscape** بسیار مفید خواهند بود، به ویژه برای تهیه مقاله‌ها، پوسترها و سایر موارد.

۱۳- شما کسی بودید که خیلی برای درس‌هایتان تلاش کردید، ایا واقعاً ارزش این همه اذیت و استرسی که کشیدید داشت و ایا واقعاً نوزده با بیست یا مثلث هفده و بیست فرقی داشت؟

برای من این موضوع بسیار مهم است که نه تنها نمره بالا بگیرم، بلکه واقعاً درک کنم که چه چیزی را یاد گرفته ام.



گاهی اوقات ممکن است فردی نمره بیست را بگیرد، اما در واقع مطلب را نفهمیده باشد و تنها آن را حفظ کرده باشد. در حالی که شخص دیگری ممکن است نمره هفده را بگیرد، اما درک عمیقی از مفاهیم داشته باشد. این فهم و درک واقعی بسیار مهم تراز صرفاً کسب نمره بالا است. بسیاری از ما مطالب زیادی را که مطالعه می‌کنیم، فراموش می‌کنیم، حتی اگر در زمان مطالعه آنها را به خوبی درک کرده باشیم. اما آنچه باقی می‌ماند، همان مفاهیم و اصول اساسی است که واقعاً فهمیدهایم. این است که به ما کمک می‌کند آن دانش را در آینده به کار ببریم. شما درست می‌گویید که باید استانداردهای خود را بالا نگه داریم و به معدل در رزومه نیاز داریم. اما باید به خاطر کسب نمره بالا ناراحت شویم، در مصاحبه‌ها و موقعیت‌های بعدی، آنچه واقعاً مهم است این است که آنها متوجه شوند ما چقدر مطالب را درک کرده‌ایم و چقدر توانمند هستیم. این فهم و توانمندی است که در نهایت ارزش بیشتری دارد.

۱۴- آخرین کلام شما برای کسانی که دارند مجله را می‌خوانند، چیست؟

به طور کلی مهم این است که در هر مسیری که قصد داریم حرکت کنیم، بسیار دقیق و مسئولانه تصمیم گیری کنیم تا بعداً پشیمان نشویم. باید با دقت تمام به تمام جوانب موضوع نگاه کرده و تحقیقات کافی انجام دهیم تا بتوانیم بهترین تصمیم را اتخاذ نماییم. گاهی اوقات ممکن است با داشتن اطلاعات جدید، تصمیمی که قبلاً گرفته ایم دیگر درست به نظر نرسد. در این صورت، باید شجاعانه آن تصمیم را بپذیریم و به آن احترام بگذاریم. چرا که در آن زمان، با توجه به اطلاعات موجود، آن تصمیم برای ما درست به نظر می‌رسیده است. مطمئناً اگر در یک مسیر حرکت کنیم، خیلی موفق تر خواهیم شد تا اینکه مدام مسیرهای مختلف را امتحان کنیم. تمرکز و پشتکار در یک مسیر خاص، به ما کمک خواهد کرد تا به اهداف خود برسیم. البته این به معنای آن نیست که نباید انعطاف پذیر باشیم و در صورت نیاز، مسیر خود را تغییر ندهیم. اما در مجموع، پایبندی به یک مسیر مشخص، راه را برای موفقیت هموارتر خواهد کرد.



تصاویری از محوطه دانشگاه آکرون





چالش علمی

چالش‌های علمی

hsdfatemeh@gmail.com

◀ فاطمه حاج صادقی

الف) بایوپلیمرها و هوش مصنوعی:

چگونه می‌توان از الگوریتم‌های هوش مصنوعی برای پیش‌بینی ساختار و خواص بایوپلیمرها و طراحی و مهندسی آن‌ها استفاده کرد؟

ب) بایوپلیمرها و رهایش دارو:

چگونه می‌توان از خواص محرک‌پذیری بایوپلیمرها برای رهایش هدفمند دارو در پاسخ به محرک‌های محیطی بهره برد؟

ج) بایوپلیمرها و مهندسی بافت:

طراحی داربست‌های چندلایه که هریک از لایه‌ها وظایف خاصی را انجام دهند (مانند حمایت ساختاری، هدایت سلول‌ها، تامین مواد مغذی) یک چالش اصلی است. همچنین ادغام انواع مواد مختلف (پلیمرها، سرامیک‌ها، فلزات) و فناوری‌های ساخت متنوع (چاپ سه بعدی، الکتروریسی، هیدروژل‌ها) برای تولید این داربست‌ها نیز دشوار است. پیشرفت‌های اخیر چگونه بر حل این چالش‌ها تاثیرگذار بوده است؟





POLY ECO پویش

این پویش که توسط انجمن پلیمر و رنگ دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ برگزار می‌شود، به هدف ترویج حفاظت از محیط زیست و کاهش آلودگی‌های ناشی از زباله‌های پلاستیکی طراحی شده است.

اهداف و فعالیت‌های پویش:



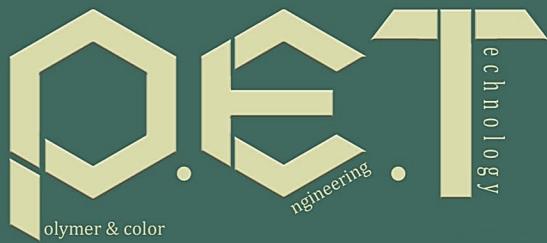
۱. کاهش زباله‌های پلاستیکی: این کمپین با شعار "هر درب بطری یک درخت" به دنبال جمع آوری درب‌های بطری‌های پلاستیکی است. به ازای هر درب جمع آوری شده، یک درخت کاشته می‌شود. این اقدام به کاهش زباله‌های پلاستیکی و افزایش فضای سبز کمک می‌کند.

۲. آگاهی‌بخشی: برگزاری دوره‌های آموزشی و کارگاه‌ها برای آشنایی بیشتر دانشجویان و عموم مردم با موضوعات مرتبط با محیط زیست و روش‌های کاهش مصرف پلاستیک.

۳. تشویق به مشارکت اجتماعی: این کمپین به دنبال ایجاد حس مسئولیت‌پذیری در افراد نسبت به محیط زیست و تشویق آن‌ها به شرکت در فعالیت‌های حفاظتی است.

۴. ترویج فرهنگ بازیافت: با جمع آوری درب‌های بطری و کاشت درخت، این کمپین به ترویج فرهنگ بازیافت و استفاده مجدد از مواد کمک می‌کند.

با تحويل درب‌های بطری مصرفی خود به دفتر انجمن علمی، از جوابیز و مزایای این پویش بهره مند شوید!



آدرس: تهران، میدان ولیعصر، خیابان حافظ، پلاک ۳۵۰، دانشگاه صنعتی امیرکبیر،
دانشکده مهندسی پلیمر و رنگ، طبقه‌ی همکف، انجمن علمی دانشجویی
کد پستی: ۶۴۵۴۲۴۵۵

کanal تلگرام انجمن علمی دانشکده پلیمر و رنگ: @pca_aut
سردیبر: هلیا حیدری نسب
مدیر مسئول: فاطمه حاج صادقی