

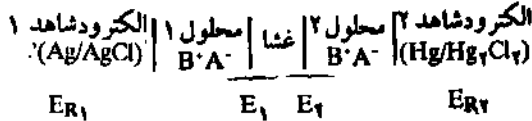
# الکترودهای انتخابگر غشایی و حسگرهای الکتروشیمیایی

## Selective Membrane Electrodes and Electrochemical Sensors

محمد حسین پورنقی آذر

دانشگاه تبریز، دانشکده شیمی، بخش شیمی تجزیه

غشا) استوار است و برای این منظور از پیل زیر استفاده می‌شود.



$$E_1 - E_2 = E_M = \frac{RT}{F} \cdot \ln \frac{[B^+]_2}{[B^+]_1} \quad (1)$$

اندیس ۱ و ۲ نشان دهنده محلولهای دو سوی غشا و  $E_M$  نماینده پتانسیل غشا است. پتانسیل پیل بالا (E) را می‌توان با رابطه ۲ نشان داد:

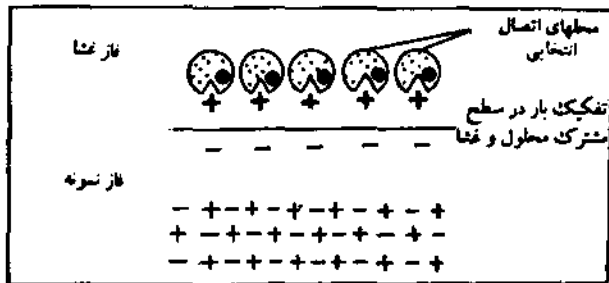
$$E = E_{R2} - E_{R1} + E_M \quad (2)$$

چون مقدار  $E_{R1} - E_{R2}$  ثابت است بنابراین خواهیم داشت:

$$E = K + E_M = K + \frac{RT}{F} \ln \frac{[B^+]_2}{[B^+]_1} \quad (3)$$

سرانجام با ثابت نگهداشتن  $[B^+]_1$  و تبدیل لگاریتم نیری به اعشاری و غلظت به فعالیت (a) می‌توان رابطه ۵ را در ۲۵ درجه سانتیگراد نوشت:

$$E = K' + 0.059 \log (aB^+)_2 \quad (4)$$



شکل ۱ - مکانیسم عملکرد غشاهای انتخابگر پتانسیومتری [1]

### انتخابگری الکترودهای غشایی

شناخت میزان انتخابگری (selectivity) یک الکترودهای پتانسیومتری یونهای که در اندازه گیری فعالیت یون مورد اندازه گیری تداخل می‌کنند اهمیت فراوان دارد. میزان انتخابگری یک الکترودهای پتانسیومتری نشان

چکیده

الکترودهای انتخابگر یون غشایی، زینت حسگر، حسگرهای الکتروشیمیایی

مکانیسم عملکرد الکترودهای انتخابگر غشایی و حسگرهای الکتروشیمیایی براساس پتانسیومتری و آمپرومتری در این مقاله بیان می‌شود. به عنوان الکترودهای غشایی پتانسیومتری، الکترودهای با غشای شیشه، دارای غشای جامد و با غشای PVC شامل حاملهای خنثی و تبادلگرهای یونی مایع مورد بررسی قرار می‌گیرند و نمونه‌هایی از هر کدام مطرح می‌شوند. همچنین درباره حسگرهای الکتروشیمیایی جدید آنزیمی، بافتی و باکتریایی و الکترودهای براساس واکنشهای ایمنی بحث می‌شود و در پایان به عملکرد الکترودهای انتخابگر به دست آمده از پوشاندن فلزات با پلیمرهای رسانای ویژه براساس اندازه گیری پتانسیل و رسانندگی الکتریکی اشاره می‌شود.

### اصول نظری

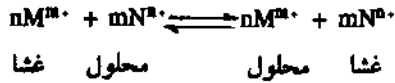
گروهی از الکترودهای شناساگر که در اندازه گیری و شناسایی به کار می‌روند به دلیل استفاده از غشاهای ویژه در تهیه آنها، الکترودهای غشایی (membrane electrode) نامیده می‌شوند. این الکترودها به دو دسته پتانسیومتری و آمپرومتری تقسیم می‌شوند.

### الکترودهای غشایی پتانسیومتری

شکل ۱ تصور عمومی از مکانیسم عمل الکترودهای غشایی پتانسیومتری را نشان می‌دهد. بدین ترتیب که اگر بتوان در سطح مشترکی به تفکیک بار بین یونها اقدام کرد، اختلاف پتانسیلی در دو طرف این سطح ایجاد می‌شود. بنابراین، مسئله اصلی پیدا کردن غشایی است که به طور انتخابی یونی را به فاز غشا وارد کند و یونهای همراه آن را باقی گذارد. اگر بتوان غشایی با چنین ویژگی به دست آورد، در حقیقت یک الکترودهای انتخابگر یون (selective ion electrode) غشایی پتانسیومتری ساخته شده است. بهره‌برداری از الکترودهای انتخابگر غشایی پتانسیومتری بر پایه تعیین اختلاف پتانسیل در دو سوی فصل مشترک محلول و غشا (پتانسیل

Key Words: electrode, ion selective, membrane, electrochemical sensor, biosensor

می دهند. این ضریب میزان تداخل یون بیگانه  $N^{n+}$  را در اندازه گیری فعالیت یون مورد نظر  $M^{m+}$  معین می کند که به صورت زیر نشان داده می شود.



$$K_{MN} = \frac{(a_M)^n (a_N)^m}{(a_N)^m (a_M)^n} \quad (5)$$

در رابطه  $a$  و  $a'$  به ترتیب نشان دهنده فعالیت یونها در محلول و در غشا می باشند. در این صورت می توان رابطه پتانسیل پیل فوق را با جایگزینی محلول یون  $B^+$  با محلول دارای یونهای  $M^{m+}$  و  $N^{n+}$  به صورت زیر نوشت:

$$E = K' + \frac{0.059}{m} \log [a_M + K_{MN} (a_N)^{m/n}] \quad (6)$$

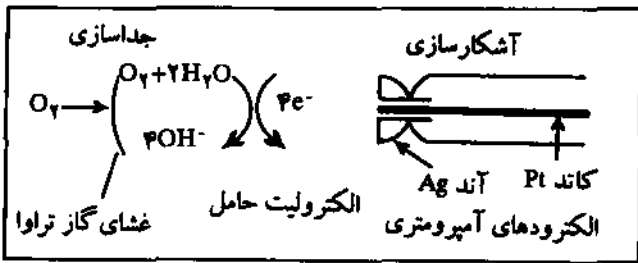
اگر بخواهند الکتروود غشایی، الکتروود انتخابگر یون  $M^{m+}$  باشد ترکیب غشا را طوری انتخاب می کنند که  $a_M$  در مقابل  $K_{MN} a_N$  بسیار بزرگ باشد. در صورتی که  $K_{MN} a_N$  بزرگتر از  $a_M$  باشد، الکتروود به عنوان الکتروود انتخابگر یون  $N^{n+}$  عمل خواهد کرد. مثلاً، الکتروود انتخابگر یون نیترات با  $K_{NO_3^-} = 2 \times 10^{-2}$  نسبت به  $NO_3^-$  پنجاه مرتبه حساستر از یون  $CN^-$  است و همان الکتروود با  $K_{NO_3^-} ClO_3^- = 10^4$  را نمی توان برای اندازه گیری  $NO_3^-$  در حضور یون  $ClO_3^-$  به کار برد.

### الکتروودهای غشایی آمپرومتری

عملکرد الکتروود یا حسگرهای آمپرومتری بر پایه اعمال اختلاف پتانسیل ثابت بین الکتروود کار و مرجع استوار است. بدین ترتیب که در اثر اعمال اختلاف پتانسیل بین دو الکتروود، واکنش الکتروودی خاص با مشارکت مستقیم یا غیر مستقیم آنالیت در سطح الکتروود کار به وقوع می پیوندد. نتیجه این واکنش ظاهر شدن جریان الکتریکی متناسب با غلظت آنالیت در مدار است. از الکتروودهای یاد شده می توان برای تعیین غلظت آنالیت های استفاده کرد که در اثر انجام واکنشهای شیمیایی، آنزیمی و زیستی ترکیب الکترواکتیوی مانند  $O_2$ ،  $H_2O_2$ ، فروسن (ferrocene)،  $I_2$  و غیره را در سطح الکتروود تولید یا مصرف می کنند. شکل ۲ اساس عملکرد یک حسگر الکتروشیمیایی را برای گاز اکسیژن نشان می دهد. به موجب این طرح ابتدا گاز اکسیژن از یک غشای گاز تراوا عبور می کند و به سطح یک کاتد پلاتین که پتانسیل آن در حد پتانسیل اکسایش اکسیژن ثابت شده است، می رسد. با کاهش الکتروشیمیایی اکسیژن در سطح کاتد، جریانی در مقیاس میکروآمپر به وجود می آید که به وسیله آشکار ساز مشخص می شود.

حال با در نظر گرفتن چنین مکانیسم ساده ای ساختار و عملکرد الکتروودهای اصلی متداول را به اختصار مورد بررسی قرار می دهیم.

الف - الکتروود انتخابگر با غشای شیشه (glass membrane electrode): الکتروود غشای شیشه، انتخابگر یون  $H^+$  در سال ۱۹۰۳



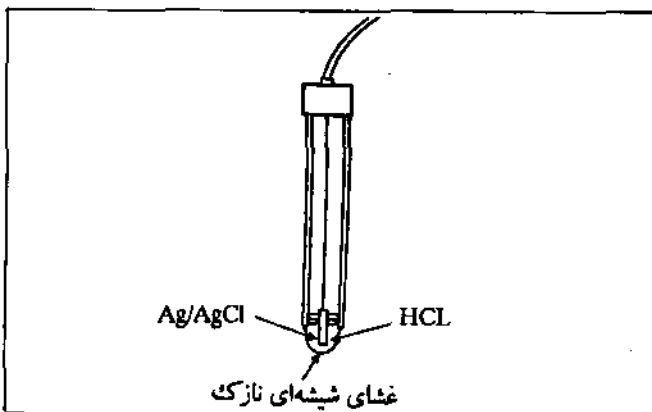
شکل ۲ - مکانیسم عملکرد الکتروود آمپرومتری  $O_2$  [1]

ابداع شد و از سال ۱۹۳۶ در ردیف وسایل آزمایشگاهی قرار گرفت. غشاهای شیشه ای معمولاً از اکسید عناصر سه یا چهار والانس (Si, Al) به همراه اکسید عناصر دارای والانس یک یا دو (Ca, Na, ...) ساخته می شوند. این نوع شیشه دارای شبکه بلوری سه بعدی است که در آن کاتیونهای تک والانس بیشترین تحرک را دارند. در الکتروود با غشای شیشه مکانیسم تفکیک بار الکتریکی بر اساس تثبیت کاتیونهای  $H^+$ ،  $Na^+$ ،  $Li^+$ ،  $Ca^{2+}$ ،  $Rb^+$ ،  $Ag^+$ ،  $Tl^+$ ،  $NH_4^+$  در اثر فرایند تبادل یون در لایه آب پوشیده سطح شیشه انجام می گیرد. الکتروود با غشای شیشه برای یونهای  $H^+$ ،  $Na^+$ ، موفقیت تجاری داشته و کاربرد وسیعی پیدا کرده است. شکل ۳ طرح یک الکتروود با غشای شیشه را نشان می دهد.

رفتار پتانسیومتری یک الکتروود با غشای شیشه برای یون  $H^+$  در غیاب هر نوع کاتیون تداخل کننده به کمک رابطه ساده زیر نشان داده می شود.

$$E = K + 0.059 \text{pH}$$

در حضور  $Na^+$  در محیط قلبیایی رابطه بالا از حالت ایده آل خارج می شود که آن را خطای قلبیایی می نامند. امروزه با دستکاری ظریف و سنجیده در فرمول شیشه به طور قابل ملاحظه ای حساسیت و انتخابگری غشای شیشه را نسبت به یک یون افزایش می دهند. مثلاً با وارد کردن آلومینیم اکسید در ترکیب شیشه می توان انتخابگری آن را نسبت به یون  $Na^+$  بالا برد.



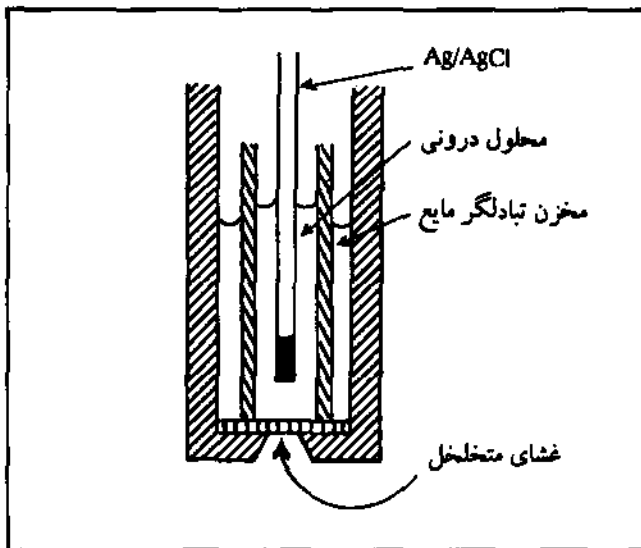
شکل ۳ - طرح ساده یک الکتروود با غشای شیشه [2]

الکترودها  $10^{-6} M$  یون  $F^-$  است، زیرا غلظت  $F^-$  حاصل از انحلال بلور  $LaF_3$  در محلول مورد آزمایش در این حدود است. از سایر بلورهای فلوراید نیز برای این منظور استفاده شده است.

الکترودهای انتخابگر برای یونهای هالیدها با استفاده از بلور هالیدهای نقره، الکترودهای انتخابگر یونهای  $Cl^-$ ،  $Br^-$  و  $I^-$  تهیه می‌شود. مقاومت الکتریکی و خاصیت فوتوالکتریک هالیدهای نقره، محدودیتهایی از نقطه نظر کاربرد آنها به صورت خالص در ساختمان الکترودهای انتخابگر به وجود می‌آورد. با وارد کردن نقره سولفید که از نظر شیمیایی ماده تقریباً بی تفاوتی است، تهیه غشای مورد نظر ممکن می‌شود. حد تشخیص این الکترودها را انحلال پذیری هالیدهای شرکت کننده در ساختار غشا تعیین می‌کند. همانند الکترودهای  $F^-$ ، صفحه‌های از هالید و نقره سولفید به انتهای لوله‌های از نوع پلی تترافلورواتیلن متصل شده و درون لوله از محلول هالید وابسته با غلظت معین پر شده است و الکترودها شاهد درونی در آن قرار دارد.

الکترودهای انتخابگر با غشای تبادلگر یونی مایع و اتصال دهنده‌های خنثی (الکترودهای با پایه PVC)

این دسته از الکترودها، یک تکیه‌گاه پلی وینیل کلراید (PVC) دارند که در ساختار آنها محلهای اتصال دهنده انتخابگر یون وارد کرده‌اند. محلهای اتصال دهنده می‌توانند حاملهای خنثی نظیر آنتی بیوتیکها یا تبادلگرهای یونی مانند ارگانوفسفرها با وزن مولکولی بالا (تبادلگر کاتیونی) و آریل یا آلکیل فناترولین (تبادلگر آنیونی) باشند. شکل ۵ طرح یک الکترودهای دارای غشای تبادلگر مایع را نشان می‌دهد. در بخش بعدی به نمونه‌هایی از این نوع الکترودها که توفیق تجاری و کاربردی داشته‌اند اشاره می‌شود.

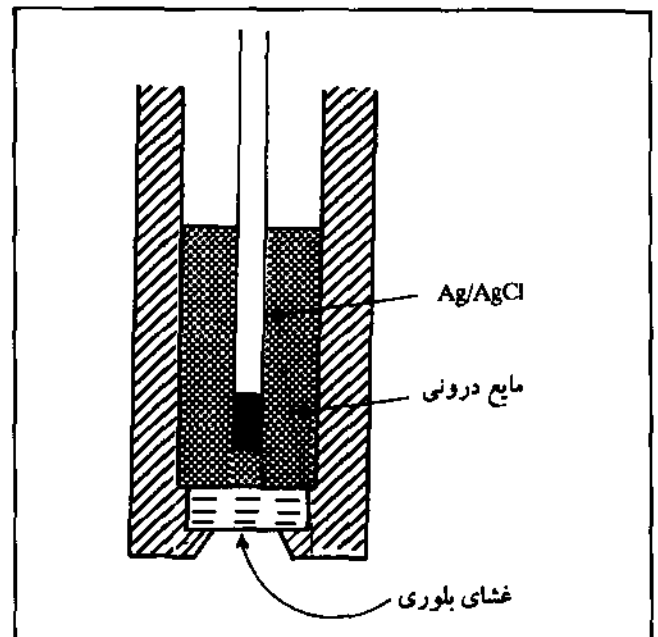


شکل ۵ - طرح یک الکترودهای انتخابگر یون با غشای PVC دارای تبادلگر یون مایع [2]

ب - الکترودهای انتخابگر با غشای جامد همگن (solid membrane electrode) در این نوع الکترودهای غشایی، عامل تفکیک کننده بار را بلوری تشکیل می‌دهد که در ساختار خود دارای یون مورد اندازه‌گیری است. تهیه و بهره‌برداری از این نوع الکترودها سابقه طولانی دارد و از پنجاه سال پیش نمونه‌هایی از این گروه مانند صفحات هالیدهای نقره و برشهای باریم سولفات و کلسیم فلوراید ساخته شده‌اند. رسانایی یونی این صفحات در دمای معمولی به کاتیونها و آنیونها موجود در شبکه بلوری ترکیبات تشکیل دهنده آنها مربوط می‌شود. یادآوری می‌شود که در برخی موارد ممکن است غشای جامد به کار رفته در این گروه ناهمگن باشد و از اجتماع دو جسم جامد به وجود آید. یکی از جامدات نمک کم محلول از نوع یاد شده و دیگری جامدی بی اثر مانند پارافین، لاستیک سیلیکون و PVC است که به عنوان پایه به کار می‌رود. شکل ۴ طرح یک الکترودهای با غشای جامد را نشان می‌دهد.

در بخش بعدی به چند نمونه مهم از این نوع الکترودهای انتخابگر یون اشاره می‌شود.

الکترودهای انتخابگر  $F^-$ : بلور به کار رفته در این الکترودها  $LaF_3$  است که در انتهای لوله‌ای از جنس رزین اپوکسی نشکن، پلی وینیل کلراید یا پلی تترافلورواتیلن سوار شده است. این لوله از محلول  $NaF$  پر شده است و الکترودها شاهد درونی  $Ag/AgCl$  در آن قرار دارد. رسانایی الکتریکی بسیار زیاد  $LaF_3$  ناشی از تحرک قابل توجه یونهای  $F^-$  درون شبکه بلوری است. فضای خالی موجود در سطح شبکه بلوری  $LaF_3$  به طور انحصاری می‌تواند یونهای  $F^-$  را در خود جای دهد. یونهای دیگر به علت اندازه،

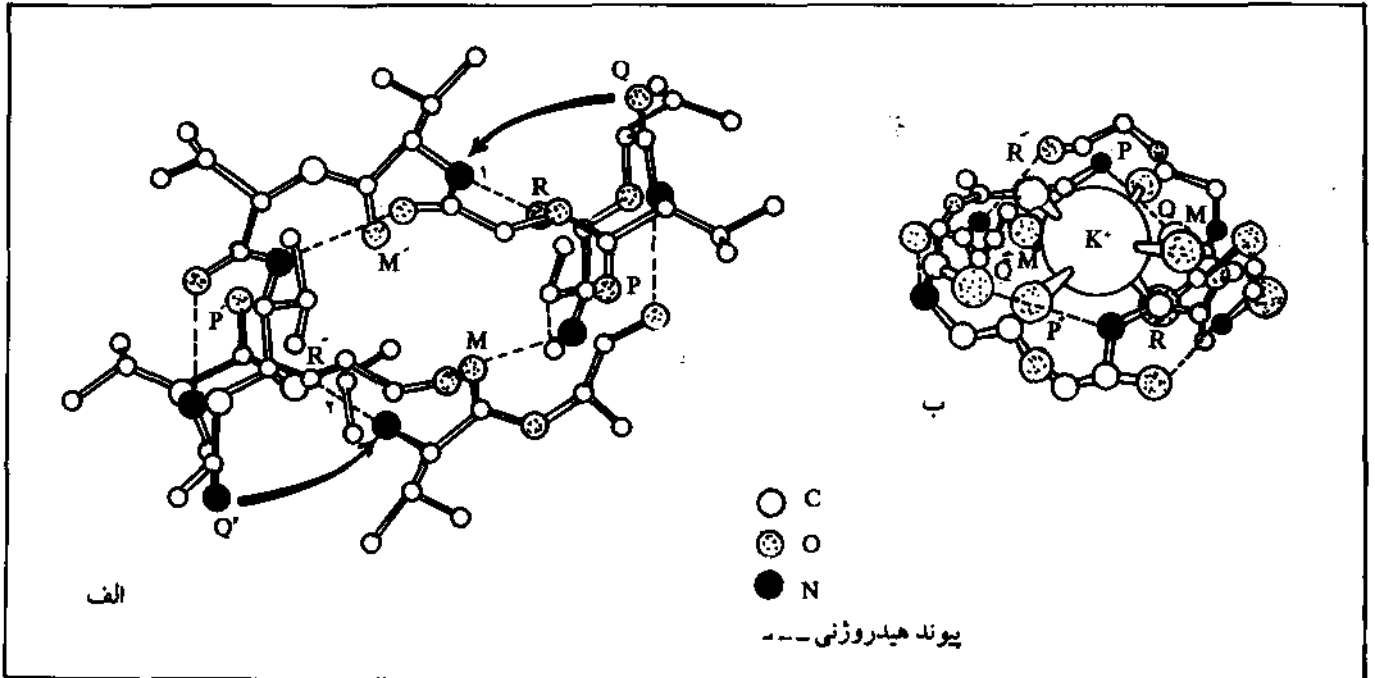


شکل ۴ - طرح یک الکترودهای انتخابگر یون با غشای جامد [2]

شکل یا بار خود نمی‌تواند در فضای خالی وارد شوند. حد تشخیص این

الکتروود انتخابگر  $K^+$ : برخی بیوتیکهای درشت مولکول (اتصال دهنده‌های خشی یا ترکیب یونوفور) جهت تهیه غشاهای حساس به یون  $K^+$  به کار می‌رود، زیرا این ترکیبها با یون پتاسیم کمپلکسهای پایدارتر از یون سدیم تولید می‌کنند. به دنبال مطالعات گسترده‌ای که در زمینه کاربرد ترکیبهای آنتی بیوتیک انجام گرفته والینوماسین با بهترین کارایی و پاسخگویی انتخاب شده است. شکل ۶ ساختار والینوماسین آزاد و کمپلکس آن با  $K^+$  را به روشنی نشان می‌دهد.

الکتروود انتخابگر  $Ca^{2+}$ : نخستین غشایی که پژوهشگران برای ساختن الکتروود انتخابگر کلسیم تهیه کرده‌اند محلولی است امتراج ناپذیر با آب که از حل کردن نمک کلسیم دی‌سدیل فسفات  $1M / 0$  در دی‌ان - اکتیل فسفونات به دست می‌آید و برای نگهداری این تبادلگر کاتیونی از غشای (پایه) سلولزی استفاده می‌شود. اگر این محلول را با محلول دی - ۲ هگزیل فسفریک در دکانول جایگزین کنیم، غشای به دست آمده می‌تواند به تمام کاتیونهای قلبی خاکی پاسخ مشابهی دهد که از آن



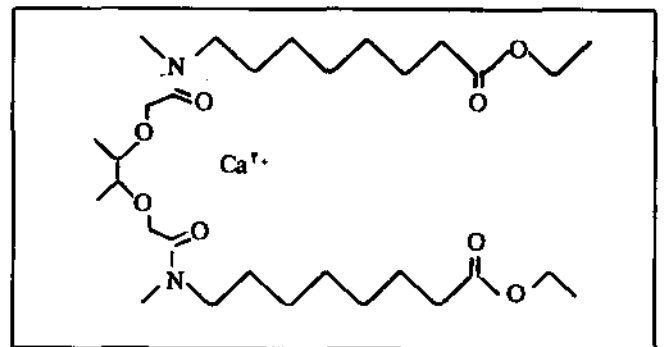
شکل ۶ - الف: ساختمان والینوماسین آزاد، ب: ساختمان کمپلکس والینوماسین  $K^+$  [3]

می‌توان برای اندازه‌گیری سختی آب استفاده کرد. الکتروود انتخابگر  $NO_3^-$  در ساختمان این الکتروود از تبادلگر آنیونی مانند آریل فناترولین استفاده می‌شود.

از نمونه‌های دیگر این خانواده که تا به حال ساخته و به بازار عرضه شده است می‌توان از الکتروود انتخابگر  $Na^+$  با حامل نون آکتین و سرانجام الکتروود انتخابگر  $Ca^{2+}$  با حامل خشایی که ساختار آن در شکل ۷ داده شده است نام برد.

زیست حسگرهای الکتروشیمیایی

زیست حسگرهای الکتروشیمیایی (electrochemical biosensors) را می‌توان به دو گروه الکترودهای آنزیمی (enzyme electrodes) و الکترودهای براساس واکنشهای ایمنی تقسیم کرد و ساختمان و عملکرد آنها را مورد بررسی قرار داد.

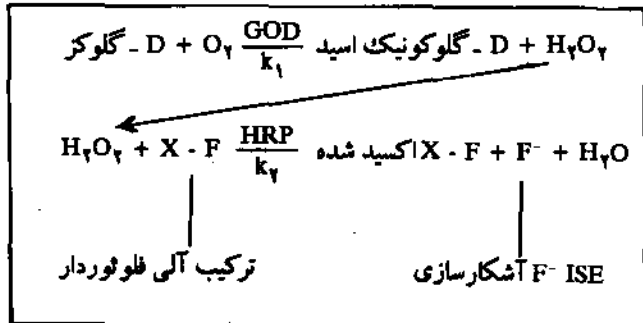


شکل ۷ - حامل (اتصال دهنده) خشای یون  $Ca^{2+}$  [3, 4]

الف - الکترودهای آنزیمی: غشای به کار رفته در ساختمان این الکترودها از لایه یا لایه‌های پلیمری دارای یک یا چند آنزیم تثبیت شده تشکیل می‌شود. موقعی که آنالیت با غشا تماس حاصل می‌کند با انجام واکنشی سریع، یک ترکیب الکترواکتیو، مانند  $O_2$  و  $H_2O_2$ ، یا یک ترکیب قابل تشخیص با الکتروود انتخابگر پتانسیومتری، مانند  $H^+$  و  $NH_3$ ، تولید یا مصرف می‌شود. شکل ۸ مکانیسم عملکرد یک الکتروود غشای آنزیمی

NH<sub>4</sub><sup>+</sup> حاصل را می توان به کمک الکترودهای انتخابگر NH<sub>4</sub><sup>+</sup> اندازه گرفت.

در برخی موارد از واکنشهای آنزیمی مقدماتی جهت فراهم ساختن شرایط لازم برای عملکرد یک الکترودهای آنزیمی استفاده می شود. مثلا، اندازه گیری ساکارز بر پایه استفاده از دولایه آنزیمی استوار است. لایه اول دارای اینورناز (invertase) برای تبدیل ساکارز به گلوکز و لایه دوم دارای گلوکز اکسیداز است.



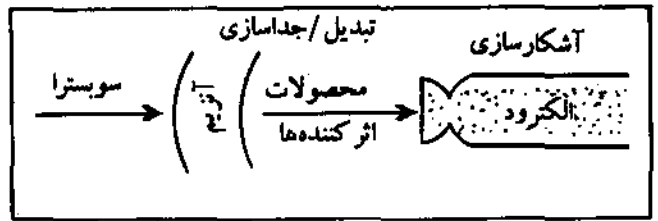
شکل ۱۰ - چگونگی عملکرد الکترودهای آنزیمی بر اساس اندازه گیری پتانسیل [1, 6]

الکترودهای باغشای بافتی (tissue electrodes): در این نوع الکترودهای لایه نازکی از بافت که دارای آنزیم ویژه ای است روی حسگری قرار می گیرد که می تواند محصول واکنش بین سویترا و آنزیم موجود در بافت را شناسایی کند. مثلا، در الکترودهای حساس به گلوتامین (glutamine) لایه نازکی، به ضخامت ۰/۰۵ میلی متر، از کبد خوک مورد استفاده قرار می گیرد و حسگر گاز آمونیاک برای اندازه گیری محصول واکنش آنزیمی به کار می رود. از این گروه می توان به الکترودهای حساس برای آنتی دی اریتیک (antidiuretic) اشاره کرد که برای ساختن آن لایه نازکی از مثانه قورباغه راروی الکترودهای شیشه انتخابگر Na<sup>+</sup> می کنند. بافت یاد شده در حضور هورمون آنتی دی اریتیک برای یون Na<sup>+</sup> نفوذ پذیر می شود که با اندازه گیری Na<sup>+</sup> نفوذ یافته می توان غلظت آنتی دی اریتیک را ارزیابی کرد.

الکترودهای باغشای باکتری (bacterium electrodes): در این نوع الکترودهای یک لایه نازک از باکتری روی الکترودهای انتخابگر کشیده می شود. مثلا در مورد الکترودهای آرژنین (arginine)، آنزیم آرژنین دآمیناز (arginine deaminase) موجود در باکتری استرپتوکوکوس (streptococcus) می تواند L - آرژنین را به سیتالین (citrulline) و آمونیاک تبدیل کند که با اندازه گیری آمونیاک می توان به مقدار آرژنین پی برد.

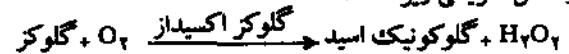
ب - حسگرهای الکتروشیمیایی بر اساس واکنشهای ایمنی (electrochemical - immunosensors): برای تعیین یک پادگن Ag (antigen) می توان از حسگر الکتروشیمیایی بر اساس واکنش ایمنی استفاده کرد. بدین ترتیب که پادتن (antibody) Ab وابسته به Ag مورد

را نشان می دهد. به موجب طرح ارائه شده در این شکل، آنالیت مورد نظر با گذر از غشا از مواد همراه جدا می شود و در تماس با آنزیم، محصولاتی تولید یا واکنشگرهایی مصرف می کند که به روش پتانسیومتری یا آمپرومتری آشکارسازی می شوند. در اینجا چند نمونه از الکترودهای آنزیمی مورد بحث قرار می گیرد.

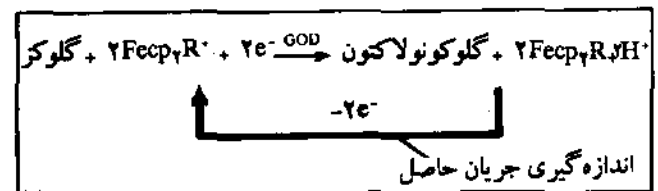


شکل ۸ - مکانیسم عملکرد یک الکترودهای آنزیمی [1]

الکترودهای گلوکز: نمونه کلاسیک، تعیین گلوکز با استفاده از گلوکز اکسیداز (GOD) تثبیت شده همراه با یک الکترودهای آمپرومتری H<sub>2</sub>O<sub>2</sub> یا O<sub>2</sub> بر اساس واکنش آنزیمی زیر است:

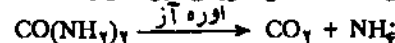


همچنین اندازه گیری گلوکز بر اساس طرح زیر انجام می گیرد که در سالهای اخیر ارائه شده است. در این روش آنزیم گلوکز اکسیداز و فری سینیم (Fe<sup>3+</sup>) روی یک لایه تثبیت می گردد. آن گاه، فری سینیم (Fe<sup>3+</sup>) حاصل از واکنش گلوکز، گلوکز اکسیداز و فری سینیم روی یک الکترودهای گرافیت در پتانسیل ثابت اکسید و جریان الکتریکی حاصل اندازه گیری می شود (شکل ۹). اندازه گیری گلوکز را می توان بر اساس طرح زیر با استفاده از حسگر پتانسیومتری انجام داد. بدین ترتیب که H<sub>2</sub>O<sub>2</sub> تولید شده در حضور آنزیم پراکسیداز را با یک ترکیب آلی فلئوردار مناسب وارد واکنش ساخت و یون F<sup>-</sup> آزاد شده را با الکترودهای انتخابگر F<sup>-</sup> اندازه گرفت و بدین ترتیب از تداخل آسکوربیت در اندازه گیری گلوکز معانیت کرد (شکل ۱۰).



شکل ۹ - چگونگی عملکرد یک الکترودهای آنزیمی - گلوکز - گلوکز اکسیداز - فری سینیم [1, 5]

به عنوان الکترودهای آنزیمی بر پایه پتانسیومتری می توان به الکترودهای انتخابگر اوره اشاره کرد که بر اساس واکنش آنزیمی زیر استوار است:



الکترودهای انتخابگر براساس پلیمرهای رسانای دارای محلهای ارتباط با یونها

با پوشاندن برخی از فلزات توسط پلیمرهای رسانای دارای محلهای ارتباط با کاتیونها یا آنیونها می توان الکترودهای انتخابگر تهیه کرد. این الکترودها براساس اندازه گیری پتانسیل یا رسانندگی استوارند.

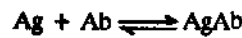
الف - الکترودهای انتخابگر پتانسیومتری: پژوهشگران نشان داده اند که پلاتین پوشیده شده از پلی (۱ و ۲ - دی آمینوبنزن)، پلی آنیلین، پلی دی آمینوبنزن، پلی دی آمینو دی فنیل اتر و پلی فنول نسبت به تغییرات pH حساس است و پتانسیل آن نسبت به pH رفتار نرنستی نشان می دهد. عملکرد این الکترودها به تثبیت یون  $H^+$  در محلهای تبادل در لایه های پلیمری مربوط می شود و مستقل از جنس فلز پوشیده شده عمل می کند. در سالهای اخیر با پوشاندن الکترودهای جامد Pt، Au، C توسط پلی (مرکاپتو - پارابنژوکینون) الکترودها انتخابگر برای کاتیونهای فلزات تهیه شده است. همچنین با استفاده از پلی پیرول الکترودها انتخابگر برای  $Cl^-$  در دسترس قرار گرفته است. سرانجام به تازگی مقاله ای در مورد تهیه الکترودها انتخابگر برای  $SCN^-$  و  $ClO_4^-$  با پوشاندن الکترودها کربن شیشه ای با پلی ارتو آمینو پرفرین کبالت (II) انتشار یافت [9]. اشاره می شود که تحقیقات گسترده در این زمینه ادامه دارد.

ب - الکترودهای انتخابگر رسانشی: از آنجا که رسانندگی برخی پلیمرها در اثر دوپه شدن افزایش می یابد و برعکس برخی از ترکیبهای شیمیایی برای پلیمرهای دوپه شده به صورت مثبت، عامل منفی به حساب می آیند و موجب کاهش رسانندگی الکتریکی آنها می شوند، بنابراین می توان از پلیمرهای رسانا برای تشخیص ترکیبهای شیمیایی استفاده کرد و با پوشاندن سطح یک فلز با پلیمر ویژه الکترودها انتخابگر رسانشی ساخت. این الکترودها به دو گروه گاز حساس (gas sensitive electrode) و زیست حساس (biosensitive electrode) تقسیم می شوند.

از انواع الکترودها گاز حساس می توان به الکترودها حساس به گاز آمونیاک اشاره کرد. بدین ترتیب که آمونیاک به عنوان عامل منفی موجب کاهش رسانندگی الکتریکی پلی پیرول می شود. بنابراین، فلز پوشیده شده از پلی پیرول می تواند به عنوان الکترودها انتخابگر آمونیاک مورد استفاده قرار گیرد. به روش مشابهی گاز  $NO_2$  به عنوان اکسنده موجب اکسایش پلی پیرول و کاهش رسانندگی آن می گردد. از سوی دیگر، پلی استیلن در اثر تماس با اکسیژن دوپه می شود و رسانندگی آن افزایش می یابد. بنابراین، در هر مورد می توان با اندازه گیری کاهش یا افزایش نسبی رسانندگی به گاز اثر کننده پی برد.

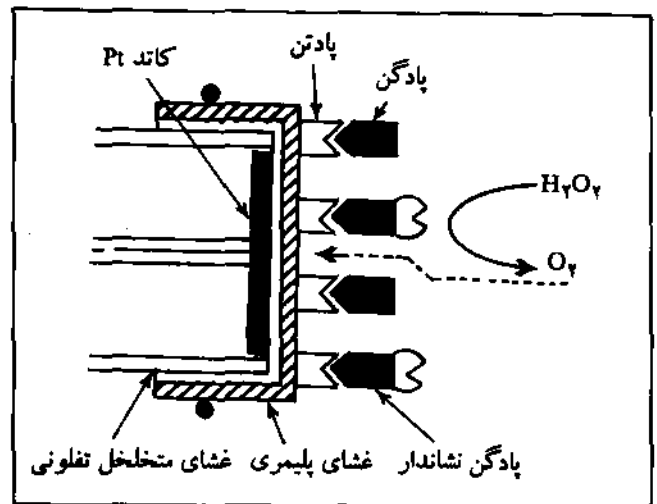
از انواع الکترودها زیست حساس می توان به الکترودها گلوکز اشاره کرد. در این الکترودها، ابتدا گلوکز تحت تأثیر اکسیژن و در حضور گلوکز اکسیداز به گلوکونیک اسید و  $H_2O_2$  تبدیل می شود. آن گاه  $H_2O_2$  تولید شده در حضور آنزیم لاکتوپرووکسیداز،  $I^-$  را به  $I_2$  اکسید می کند.  $I_2$  تولید شده می تواند پلی استیلن را اکسید کند و موجب تغییر

اندازه گیری روی غشایی تثبیت می شود که بر الکترودها اکسیژن کلارک (Clark) کشیده شده است. Ab تثبیت شده می تواند Ag را به طور اختصاصی به سطح غشا متصل کند. در عمل، غشای یاد شده در یک محلول دارای Ag ساده و Ag نشاندار شده با کاتالاز (catalase EAg) (labeled antigen) قرار می گیرد که متناسب با غلظت Ag و EAg پادگنها به پادتهای موجود در غشا مطابق واکنشهای زیر متصل می شوند.

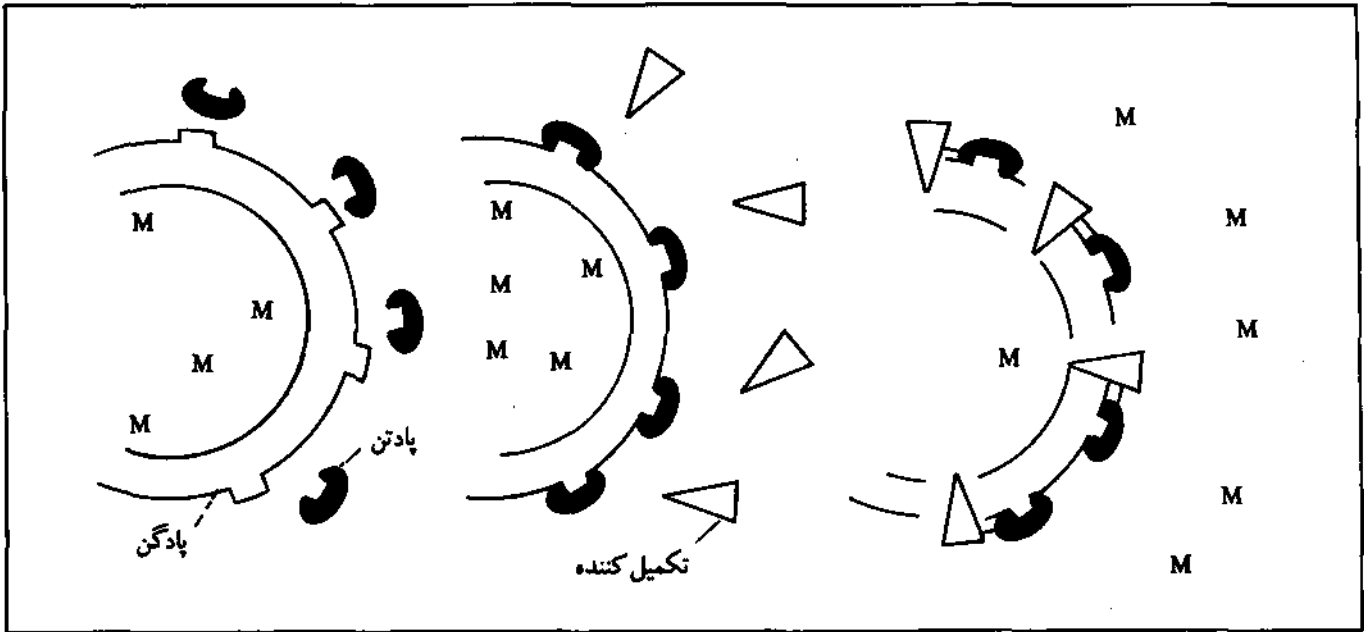


با شستوی غشا پادگنها جذب شده غیر اختصاصی (متصل نشده به Ab) حذف می شوند. این غشا در یک محلول  $H_2O_2$  قرار می گیرد و اکسیژن حاصل از تجزیه  $H_2O_2$  در اثر کاتالاز موجود در EAg به وسیله الکترودها کلارک اندازه گیری می شود. بدیهی است که افزایش غلظت Ag ساده (آزمایشی) موجب کاهش اکسیژن حاصل می شود. می توان با ترسیم منحنی معیارگیری آمپرومتری  $O_2$  (منحنی خطی با شیب منفی متناسب با افزایش غلظت Ag در محلول) مقدار Ag را تعیین کرد. شکل ۱۱ طرحی از عملکرد این الکترودها را نشان می دهد.

در نمونه دیگری از الکترودهای به کار رفته در ایمونوآنالیز (immunoanalysis) از لیپوزوما (liposomes) که ذرات کروی با فضای دو لایه چربی (lipid) می باشند استفاده می شود. در داخل فضای لیپوزوم پادگن مایع تثبیت شده است و در سوی داخلی غشا یون آمونیوم نوع چهارم (به صورت محلول نمک آن) به عنوان یون قابل تشخیص و اندازه گیری قرار دارد. اگر غشای یاد شده در تماس با پادتن وابسته (مورد اندازه گیری) همراه با تکمیل کننده ویژه ای قرار گیرد، در اثر واکنش پادگن و تکمیل کننده، لیپوزوم لیز شده و یون آمونیوم نوع چهارم از آن خارج می شود. با اندازه گیری این یون به کمک یک الکترودها انتخابگر، می توان مقدار پادتن موجود در محلول را اندازه گرفت. طرح شکل ۱۲ مکانیسم عملکرد این نوع الکترودها را به خوبی نشان می دهد.



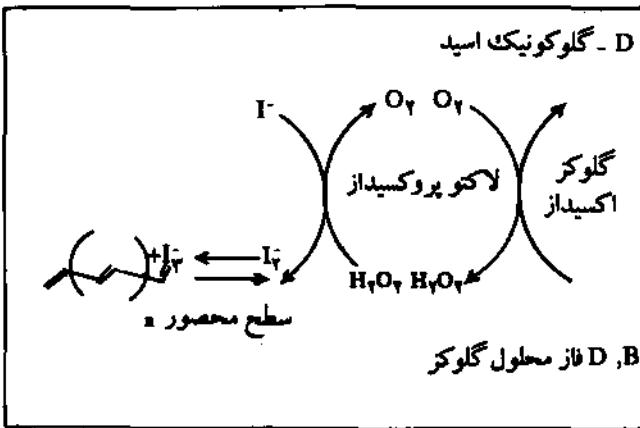
شکل ۱۱ - طرح یک الکترودها براساس واکنشهای ایمنی [7, 3]



شکل ۱۲ - چگونگی عملکرد یک الکتروده براساس لیزسازی غشای لیپوزوم به وسیله پادگن متصل به غشا [8, 2, 1]

مشکلات و پیچیدگیهای فنی، جنبه‌های هنری و ظریف کاریهای موجود در این رشته علمی نیز بهای بیشتری داده شود.

رسنایی آن، که با غلظت اولیه گلوکز ارتباط دارد، شود. شکل ۱۳ مکانیسم عملکرد این الکتروده زیست حساس به گلوکز را نشان می‌دهد.



شکل ۱۳ - مکانیسم عملکرد یک زیست حسگر پلی استیلن [10]

### نتیجه‌گیری

الکترودهای انتخابگر را می‌توان به دو دسته با مکانیسم پاسخگویی پتانسیومتری و آمپرومتری طبقه بندی کرد. عملکرد الکترودهای انتخابگر پتانسیومتری بر پایه تفکیک بار با کمک یک غشای نیمه تراوا و ایجاد پتانسیل در فصل مشترک محلول و غشا است. غشاها به کار رفته می‌تواند از شیشه، نمک جامد کم محلول، PVC دارای حاملهای خنثی و تبادلگر یون مایع باشند. امروزه از این غشاها برای اندازه‌گیری انتخابی حدود ۴۰ یون، الکترودهایی ساخته شده است. یکی دیگر از الکترودهای انتخابگر

### کاربرد

الکترودهای انتخابگر یون و حسگرهای الکتروشیمیایی اندازه‌گیری کمی و اختصاصی بسیاری از مواد را با مکانیسم پتانسیومتری و آمپرومتری ممکن می‌سازند. این مواد می‌توانند یونهای ساده معدنی و ترکیبات پیچیده آلی و حتی زیستی را شامل شود. الکترودهای یاد شده نه تنها در آزمایشگاههای تجزیه مواد برای اندازه‌گیری سریع اجسام در مقیاس ماکرو و میکرو مورد استفاده قرار می‌گیرند، بلکه به عنوان ابزارکار ضروری و مؤثر در دست متخصصین کنترل و تجزیه در زمینه‌های پزشکی، فیزیولوژی، زیست‌شناسی، زمین‌شناسی، کشاورزی و محیط زیست قرار دارند. این الکترودها در سالهای اخیر به علت تنوع زیاد جای پای وسیعی در آزمایشگاههای کلینیکی باز کرده‌اند و انتظار می‌رود که با استفاده از ریز پردازنده‌ها (microprocessors) و تلفیق آنها با کامپیوترهای PC به عنوان ابزار کنترل پزشکی خصوصی در دسترس عموم قرار گیرند. تحقیقات گسترده و فراگیر در راستای تنوع بخشیدن به این الکترودها و حسگرها در مقیاس جهانی ادامه دارد. شاید روزی نتایج حاصل از این تحقیقات بتواند به یکی از آرزوهای دیرین متخصصین تجزیه که تشخیص و اندازه‌گیری انتخابی جسم مورد نظر در یک محیط پیچیده و آلوده است جامه عمل بپوشاند. در پایان خاطر نشان می‌سازد که در ساخت و تولید الکترودهای انتخابگر و حسگرهای الکتروشیمیایی نه تنها باید مبانی علمی و نظری مورد توجه عمیق قرار گیرد، بلکه باید به

- ترجمه: دکتر سید مهدی گلابی - انتشارات دانشگاه تبریز، ۱۳۶۷.
- [3] Koryta, Electrochemical Sensors Based on Biological Principles, *Electrochim Acta*, 31, P.515, 1986.
- [4] Amman, D., Güggi, M., Pretsch, E. and Simmon, W., *Analyt. Lett.*, 8, P.709, 1975.
- [5] Cass Anthony, E.G. et al, *Anal.Chem.*, 56, P.667, 1984.
- [6] Siddiqi, Iqbal, W., *Clin.Chem.*, 28, P.1662, 1982.
- [7] Aizawa, M., Morioka, A. and Suzuki, S., *Anal.Chim.acta.*, 115, P.61, 1980.
- [8] Shiba, K., et al, *Anal.Chem.*, 52, P.1610, 1980.
- [9] Daunert, S., Wallace, S., Florida, A. and Bachas L.G., *Anal.Chem.* 1991, 63, P.1676.
- [10] علی اکبر انتظامی و ناصر ارسلائی، مجله علوم و تکنولوژی پلیمر سال دوم - شماره دوم، صفحه ۹۴.

پتانسیومتری الکترودهای جامد با پوششی از پلیمرهای رسانای ویژه است که به تازگی مورد استفاده قرار گرفته است.

از انواع الکترودها و حسگرهای انتخابگر بر پایه آمپرومتری می توان الکترودهای اندازه گیری اکسیژن، هیدروژن پروکسید، فرومن و I<sub>2</sub> را نام برد. همچنین الکترودهای با غشای آنزیمی، غشای بافتی و غشای باکتری جزء الکترودهای انتخابگر پتانسیومتری و هم آمپرومتری می باشند. از انواع جدید الکترودها و حسگرهای الکتروشیمیایی ایمونوالکترودهای آنزیمی و الکترودهای زیست شناختی می باشند که در اندازه گیریها و مطالعات زیستی مورد استفاده خاص قرار می گیرند.

### مراجع

- [1] Czaban, J.D., *Anal.Chem.*, 57, P.345A, 1965.
- [2] Vassas. B.H., G.W.Ewing, *Electroanalytical Chemistry*, PP 41-51.

### کلمات ایمنی

#### استیرن

استیرن با فرمول مولکولی  $C_7H_8CH:CH_2$ ، مایعی بی رنگ و گرانبوا بوی تند است که در اثر ادامه در معرض قرار گرفتن تخفیف می یابد. حد تشخیص بوی آن حدود ۰/۵ppm است. این ماده وزن مولکولی ۱۰۴/۱، نقطه جوش  $145/2^{\circ}C$ ، نقطه ذوب  $3^{\circ}C$  - و فشار بخار ۱۰ mm در  $35^{\circ}C$  دارد. انحلال پذیری آن در آب ناچیز، در اتانول، اتر و استون خوب و در بنزن و اتر نفت بسیار خوب است. این ماده شیمیایی آتشگیر با نقطه اشتعال  $32^{\circ}C$  با روش ظرف سر بسته است.

روشی که به طور گسترده برای تولید صنعتی استیرن به کار می رود شامل هیدروژن زدایی کاتالیزوری اتیل بنزن در  $500^{\circ}C$  تا  $700^{\circ}C$  و  $3mmHg$  است. کاتالیزورهای مورد استفاده مخلوطهایی از موادی نظیر روی اکسید، آلومینیم، کلسیم و منیزیم هستند. ماده صنعتی ۹۹/۶ درصد خالص و معمولاً شامل مقدار بسیار کمی (۱۲ تا ۱۵ppm) بوتیل کتکول نوع سوم به عنوان بازدارنده پلیمر شدن است.

#### کاربردها و منابع انتشار

استیرن (اتیل بنزن) ماده شیمیایی صنعتی مهمی است که در تولید پلیمرها، کوبلیمرها و پلاستیکهای تقویت شده به کار می رود. انتشار به طور عمده در صنایع و عملیاتی که در آنها از استیرن استفاده می شود صورت می گیرد و منابع صنعتی، محتملترین علت در معرض قرار گرفتن جمعی است. سایر منابع بالقوه مواجهه جمعی شامل آگروز وسایل نقلیه موتوری، دود تنباکو و سایر فرایندهای سوخت - پیرولیز است. قرار گرفتن جمعی در معرض سطوح پایین از راه خوردن محصولات غذایی بسته بندی شده در ظروف پلی استیرنی روی می دهد.

سطوح مواجهه جمعی معمولاً چند مرتبه بزرگی نسبت به سطوح مواجهه شغلی کمتر است، ولی مورد دوم به طور قابل ملاحظه ای بستگی به عملیات مربوط دارد. در حالی که انتشاراتی در واحدهای ساخت پلی استیرن - استیرن روی می دهد، سطوح بالای انتشار در صنایع و عملیات مربوط به ساخت و کاربرد پلاستیکها صورت می گیرد. بنابراین، فرایندهای صنعتی، مانند آن دسته که در صنعت پلاستیکهای تقویت شده وجود دارد، نیاز به توجه بیشتری دارند. به علاوه، روشهای نگهداری و تمیز کردن در بسیاری صنایع وابسته منجر به انتشارات قابل توجه این ماده می شود.

#### سینتیک زیست شیمیایی، انتقال زیستی و نظارت زیست شناختی

نتایج مطالعات آزمایشگاهی کنترل شده روی حیوانات و انسان نشان داده است که دریافت استیرن سریع است و اینکه به طور گسترده در بدن توزیع می شود. دریافت در اصل از راه ریه و به مقدار کمتر پوستی و خوراکی است.

بقیه در پاورقی صفحه ۶۴