辣根过氧化物酶在 MnO₂ 纳米片薄膜中的 直接电化学与电催化行为

肖 寒 吴金玲 陈 旭 杨文胜^{*}

(北京化工大学理学院, 化工资源有效利用国家重点实验室, 北京 100029.* 联系人, E-mail: <u>yangws@mail.buct.edu.cn</u>)

摘要 采用新型纳米材料 MnO₂纳米片作为固定辣根过氧化物酶(HRP)的载体,制备了 HRP/MnO₂纳米 片修饰的玻碳电极(GCE).在 MnO₂纳米片薄膜中,HRP 能够实现有效的直接电子转移,在 pH 6.5 的磷 酸缓冲溶液中,修饰电极的循环伏安曲线上显示出一对可逆的氧化还原峰,式量电位为-0.315 V (vs. Ag/AgCl).HRP 在 MnO₂纳米片/GCE 表面的电子转移速率常数为 6.86 s⁻¹.HRP/MnO₂纳米片/GCE 的式 量电位(mV)在 pH 4.0~8.0 范围内与溶液 pH 值成线性关系,其斜率为-53.75 mV·pH⁻¹,表明电极反应在 发生一个电子转移的同时还伴随一个质子的转移.修饰后的电极对H₂O₂有良好响应,响应时间小于3 s, 在信噪比为 3 时,最低检出限为 0.21 μ mol·L⁻¹.

关键词 辣根过氧化物酶(HRP) MnO₂纳米片 直接电化学 H₂O₂

近年来、氧化还原蛋白质的直接电子转移反应 引起了越来越多研究者的兴趣 [1-4], 这一研究具有重 要的理论价值和广阔的应用前景.研究氧化还原蛋 白质的直接电子转移反应、不仅对于探索生命体内 的生理作用机理等理论研究具有重要意义, 而且为 制备基于氧化还原蛋白质直接电化学行为的第三代 生物传感器、开发生物燃料电池和生物芯片奠定了技 术基础. 辣根过氧化物酶(HRP)是最常被用来研究和 讨论的一种氧化还原酶,它的电活性中心是血红素 基团,基于HRP的生物电化学传感器在H₂O₂、葡萄 糖、酚类化合物和胺类化合物等物质的测定中发挥着 很重要的作用. 然而, HRP在电极表面的取向往往不 利于其电活性基团与电极表面之间的电子传递;而且 HRP的电活性中心通常被深埋在其多肽链的内部, 不易暴露, 难于接近电极表面, 因此实现 HRP 与电极 之间的直接电子转移通常比较困难 [5]. 为了实现其 在电极表面可逆或准可逆的直接电子转移反应,探 索合适的电极材料和固定方法非常重要.

纳米材料所具有的独特物理化学性质为生物电 化学的研究提供了一条崭新的途径. Xu等人^[4]将HRP 固定在纳米Au薄膜中,实现了HRP的直接电化学. Liu等人^[6]通过对肌红蛋白在钛酸盐纳米管与TiO₂纳 米粒子薄膜中的电化学行为比较,发现与传统的纳 米粒子薄膜相比,用新型的纳米管薄膜固定蛋白质 对提高生物传感器的性能指标发挥了重要的作用. Lvov等人^[2]在MnO₂ 纳米粒子、PDDA与肌红蛋白层 层组装形成的多层膜中,得到了肌红蛋白可逆的氧 化还原信号.此外,MnO₂ 纳米粒子还可以用于抗坏 血酸^[8]与乳酸^[9]传感器的构筑.作为一种新型的纳米 材料,MnO₂ 纳米片具有 1 纳米至几纳米的厚度和亚 微米-微米级别的横向尺寸,因此MnO₂ 纳米片有多种 不同于传统纳米粒子的优异的物理化学性能,如高 各向异性、层板带负电荷、胶体形态及聚电解质性质 等,被广泛用于光化学电致变色等领域中^[10],但是 尚未见到将其应用于生物物质的固定方面的报道. 本文报道将MnO₂ 纳米片材料用于固定HRP,实现了 HRP有效稳定的直接电子转移,考察了HRP/MnO₂ 纳 米片/GCE对H₂O₂ 的电催化行为.

1 实验

 () 试剂. 辣根过氧化物酶(HRP, EC1.11.1.7,
 250 U·mg⁻¹)购自于上海丽珠东风生物技术公司,聚 乙烯醇缩丁醛(PVB)购自于 Sigma 公司,实验中所采 用试剂均为分析纯. 0.1 mol·L⁻¹不同 pH 值的磷酸缓 冲溶液(PBS)用 Na₂HPO₄与 NaH₂PO₄溶液按一定比例 配制,实验用水为二次蒸馏水.

层状 MnO_2 与 MnO_2 纳米片溶胶根据文献 [11]方法制备,将层状 MnO_2 分散在四甲基氢氧化铵的水溶液

国家自然科学基金(批准号: 20301002)和国家高技术研究发展计划(批准号: 2006AA03Z343)资助项目

中,于室温下搅拌 7 d. 将混合液离心(5000 r·min⁻¹) 分离,上层离心液即为 MnO_2 纳米片溶胶,调整浓度 为 1.5 g·L⁻¹备用.

() 电极的制备. 玻碳电极(直径 3 mm)分别用 1.0, 0.3, 0.05 μ m 的 Al₂O₃ 抛光, 在二次蒸馏水中超声 清洗 1 min 后, 用氮气吹干. 将等体积的 MnO₂ 纳米 片溶胶与浓度为 10 g·L⁻¹的 HRP 溶液(二次水配制) 充分混合均匀, 然后用微量加样器将 10 μ L 的上述混 合物滴加在玻碳电极表面, 4 干燥后, 将电极在 2% (*W*/*V*) PVB 乙醇溶液中浸泡 1 min, 干燥后用二次水 冲洗, 即得实验所用 HRP/MnO₂ 纳米片/GCE. 电极不 用时, 在 4 空气中保存.

()测试仪器及方法. XRD测试采用日本岛津
 6000型X射线衍射仪. 根据文献方法^[11],将MnO₂纳
 米片溶胶高速离心(10000 r·min⁻¹)后所得到的MnO₂
 纳米片沉淀直接进行XRD测试,所得谱图即为湿态
 MnO₂纳米片的XRD谱图.

电化学测试在 CHI660B 电化学工作站(上海辰华 仪器有限公司)上进行.所有电化学实验均采用三电 极体系,以修饰玻碳电极为工作电极,铂丝作为辅助 电极,Ag/AgCl (3 mol·L⁻¹ KCl)电极为参比电极,在 进行电化学实验前,溶液用高纯氮气除氧至少 30 min.所有电化学实验均在室温(20 ± 2) 下进行.

2 结果与讨论

2.1 XRD 分析

从图 1 可以看到, 剥离后层状 MnO₂ 原有的有序 结构被打乱, 湿态MnO₂纳米片为无定型结构(图 1 曲 线 a), 室温下干燥后 MnO₂纳米片会发生有序重组,



图 1 湿态下 MnO₂纳米片(a)、干态下 MnO₂纳米片(b)及 干态下 HRP/MnO₂纳米片(c)的 XRD 谱图

其XRD谱图(图1曲线b)在9°出现了MnO₂层状结构的 特征衍射峰(d值为0.96 nm). 然而,如图1曲线c所示, 将MnO₂纳米片与HRP混合并在4 下干燥后,MnO₂ 纳米片仍然保持了原来的无定型结构,其主要原因 可能为HRP分子尺寸比较大(6.0 nm×3.5 nm×3.0 nm),其等电点为8.9,在二次水中带有正电荷,与带 负电的MnO₂纳米片胶体粒子形成静电吸附,导致 MnO₂纳米片层板不能重新堆积为层状MnO₂,形成 了无序排列的结构,其示意图如图2所示.MnO₂纳米 片层板表面存在一层水分子^{[111},能为HRP提供良好 的微水环境,利于保持其活性.



图 2 MnO₂纳米片溶胶与 HRP 混和示意图

2.2 HRP的直接电化学

在 pH 6.5 的 PBS 中考察了 MnO₂ 纳米片/GCE, HRP/GCE, HRP/MnO₂ 纳米片/GCE 的循环伏安行为. 如图 3 曲线 a 和 b 所示, MnO₂ 纳米片/GCE 与 HRP/ GCE 在实验电位扫描范围内没有明显的电化学反应 发生,而 HRP/MnO₂ 纳米片/GCE 的循环伏安图中出 现了一对几乎对称的氧化还原峰(图3曲线c),氧化还 原峰电位分别为 $E_{pa} = -0.29$ V (vs. Ag/AgCl), $E_{pc} =$ -0.34 V (vs. Ag/AgCl),氧化还原峰电流基本相同, 说明固定在 MnO₂ 纳米片中的 HRP 能进行准可逆的 直接电化学反应,其式量电位 E^{0} = -0.315 V (vs. Ag/AgCl).

图 4 为HRP/MnO₂ 纳米片/GCE在 0.1 mol·L⁻¹ PBS中不同扫描速率下的循环伏安曲线. 从图中可以 看出, HRP直接电子转移反应的氧化峰电流与还原峰 电流几乎相等, 即 $i_{pc}/i_{pa} = 1$,并且氧化还原峰电流与 扫描速率之间呈线性关系,说明整个电极反应是受 表面过程控制的. 随着扫描速度的增加, 其氧化峰电 位 E_{pa} 向正方向移动,还原峰电位 E_{pc} 负移,峰电位差 增加,但均小于 200 mV,而且式量电位 $E^{0'}$ 几乎不随 扫描速度的增加而发生变化.根据扫描速度与峰电 位差的关系,由Laviron模型 ^[12]得到HRP与电极之间 的电子转移速率常数 k_s 为 6.86 s⁻¹,该值略高于将HRP 固定在碳纳米管膜中 ^[13]的电子转移速率常数 k_s 值 (2.07 ± 0.56) s⁻¹,说明 MnO₂纳米片能有效而快速地 促进HRP的直接电子转移.



图 3 MnO₂ 纳米片/GCE (a), HRP/GCE (b)和 HRP/MnO₂ 纳米片/GCE (c)的循环伏安曲线

0.1 mol·L⁻¹ pH 6.5 的 PBS, 扫描速度为 100 mV·s⁻¹





0.1 mol·L⁻¹ pH 6.5 的 PBS, 曲线 1~6 扫描速度分别为 10, 20, 50, 100, 150, 200 mV·s⁻¹

2.3 pH 值对 HRP 直接电化学行为的影响

使用不同 pH 值 (pH 4~8)的 PBS 测试时, HRP/ MnO₂纳米片/GCE的氧化还原峰电位差几乎不变, 但 氧化还原峰电位发生负移, 这种变化是可逆的, 即在 重复调节到同一pH值时,其循环伏安曲线能够复原. HRP的式量电位 E^{0} ,随着pH值的变化而线性变化,斜率 为-53.75 mV·pH⁻¹,该数值与伴随有一个质子转移的 单电子可逆电极反应的理论值-58 mV·pH⁻¹ (20

)^[14]基本一致,这说明HRP在MnO₂ 纳米片/GCE上 的电化学氧化还原过程是伴随有一个质子转移的单 电子过程.

2.4 HRP 对 H₂O₂的电催化行为

图 5 为 HRP/MnO₂纳米片/GCE 在含有不同浓度 H₂O₂ 的 PBS 中的循环伏安曲线. 从图中可以看出, HRP对H₂O₂有明显的电催化还原作用, 随着 H₂O₂浓 度的增大, 在催化还原峰电流增大的同时, 氧化峰电 流减少甚至消失. 作为对照, MnO₂ 纳米片/GCE 对 H₂O₂催化作用的循环伏安曲线如图 6 所示, H₂O₂ 在 MnO₂纳米片/GCE上的还原电位为-0.75 V (vs. Ag/ AgCl), 而图 5 显示 H₂O₂在 HRP/MnO₂纳米片/GCE 上 的还原反应电位是-0.25 V (vs. Ag/AgCl). 因此可认 定图 5 中的电催化反应是在 HRP 的作用下进行的.







另外, 从图 5 中可以看到加入H₂O₂ 后, HRP的还 原峰电位稍有移动, 与文献 [<u>15,16</u>]报道的现象类似, 关于峰电位移动的具体原因及规律, 拟在下一步工 作中深入研究.

图 7 描述了恒定电位为-0.25 V (vs. Ag/AgCl)时, MnO₂纳米片/GCE(图 7 曲线 a)与 HRP/MnO₂纳米片/ GCE(图 7 曲线b)对H₂O₂ 浓度变化的电流-时间响应情 况. 由图可以看出, MnO_2 纳米片/GCE对H₂O₂的响应 十分微弱, 相对于HRP/MnO₂ 纳米片/GCE可以忽略. HRP/MnO₂ 纳米片/GCE对H₂O₂ 浓度变化的响应迅速, 每次加入H₂O₂ 后响应电流在 3 s内达到最大. 电极在 H₂O₂ 浓度为 1~430 µmol·L⁻¹范围内有线性响应, 在 信噪比为 3 时对H₂O₂ 的检测限为 0.21 µmol·L⁻¹. 当 浓度高于 540 µmol·L⁻¹时, 出现一个电流响应平台, 说明电极反应具有典型的Michaelis-Menten酶反应动 力学特性, 通过 Linweaver-Burk 方程 ^[17]求表观米氏 常数为 0.127 mmol·L⁻¹, 较小的米氏常数值说明 MnO₂ 纳米片固定的HRP对H₂O₂ 有较强的亲和力.



另外,根据文献方法^[18]考察了硫化物对HRP的

图 6 MnO₂ 纳米片/GCE 在含不同浓度 H₂O₂ 的 PBS 中的循环伏安曲线

a, 0 mmol·L⁻¹; b, 0.135 mmol·L⁻¹. 0.1 mol·L⁻¹ pH 6.5 的 PBS, 扫描速度为 100 mV·s⁻¹



图 7 MnO₂纳米片/GCE (a)和 HRP/MnO₂纳米片/GCE (b) 对 H₂O₂浓度变化的电流-时间响应曲线 0.1 mol·L⁻¹ pH 6.5 的 PBS, 工作电位-0.25 V (vs. Ag/AgCl)

抑制作用,从图 8 中可以看出,加入 Na_2S 后, HRP/ MnO₂ 纳米片/GCE 对 H_2O_2 的催化电流明显减小,随 着 Na_2S 浓度的增大电流持续下降,说明 Na_2S 对 HRP 的催化活性有明显的抑制作用,基于此原理用 HRP/ MnO₂ 纳米片/GCE可以检测污染物硫化物的浓度.根 据计时电流响应曲线可得出,修饰电极对硫化物检 测的线性范围为 44~134 μ mol·L⁻¹.





a, 未加入 Na₂S; b, 加入 Na₂S 15 µmol·L⁻¹; c, 加入 Na₂S 30 µmol·L⁻¹. 0.1 mol·L⁻¹ pH 6.5 的 PBS 含 H₂O₂ 0.5 mmol·L⁻¹, 扫描速度为 100 mV·s⁻¹

2.5 修饰电极的稳定性和重现性

修饰电极干态保存在 4 下,两周后对底物响应 信号仍保持了 90%.用同一支 HRP/MnO₂ 纳米片/ GCE 电极对 0.01 mmol·L⁻¹ H₂O₂进行 5 次测试,得出 标准偏差为 1.8%,测定同批制备的 6 支电极对 0.01 mmol·L⁻¹ H₂O₂ 的响应,得出标准偏差为 8.1%.

3 结论

本文报道了 HRP 在 MnO₂ 纳米片/GCE 上的固定 及直接电化学. 实验结果表明, HRP 在 MnO₂ 纳米片/ GCE 上能实现快速和有效的直接电子转移, 其直接 电子转移的表观速率常数为6.86 s⁻¹. 进一步的实验 结果显示, HRP 能够保持对 H₂O₂ 电催化还原的生物 活性, 而且能快速地响应H₂O₂浓度的变化. 此外还 考察了 HRP/MnO₂ 纳米片/GCE 在对硫化物检测中应 用的可能性. 这些结果证明 MnO₂ 纳米片是良好的生 物物质固定材料. 本文所用固定 HRP的方法简单且 有效, 为其他纳米片材料在生物物质固定方面的研 究提供了实验基础.

第52卷第19期 2007年10月 🏘 🖗 🗴 🛔

论文

参考文献

- Armstrong F A, Hill H A O, Walton N J. Direct electrochemistry of redox proteins. Acc Chem Res, 1988, 21: 407–413 [DOI]
- 2 Zhang H, Lu H Y, Hu N F. Fabrication of electroactive layer-bylayer films of myoglobin with gold nanoparticles of different sizes. J Phys Chem B, 2006, 110(5): 2171-2179 [DOI]
- 3 Wu Y H, Shen Q C, Hua S S. Direct electrochemistry and electrocatalysis of heme- proteins in regenerated silk fibroin film. Anal Chim Acta, 2006, 558(1-2): 179–186 [DOI]
- 4 Xu Q, Mao C, Liu N N, et al. Direct electrochemistry of horseradish peroxidase based on biocompatible carboxymethyl chitosan-gold nanoparticle nanocomposite. Biosens Bioelectron, 2006, 22(5): 768—773[DOI]
- 5 Wang Q L, Lu G X, Yang B J. Myoglobin/sol-gel film modified electrode: direct electrochemistry and electrochemical catalysis. Langmuir, 2004, 20(4): 1342—1347 [DOI]
- 6 Liu A, Wei M, Honma I, et al. Direct electrochemistry of myoglobin in titanate nanotubes film. Anal Chem, 2005, 77(22): 8068-8074 [DOI]
- 7 Lvov Y, Munge B, Giraldo O, et al. Films of manganese oxide nanoparticles with polycations or myoglobin from alternate-layer adsorption. Langmuir, 2000, 16(23): 8850–8857[DOI]
- 8 Luo X L, Xu J J, Zhao W, et al. Ascorbic acid sensor based on ion-sensitive field-effect transistor modified with MnO₂ nanoparticles. Anal Chim Acta, 2004, 512(1): 57–61 [DOI]
- 9 Xu J J, Zhao W, Luo X L, et al. A sensitive biosensor for lactate based on layer-by-layer assembling MnO₂ nanoparticles and lactate oxidase on ion-sensitive field-effect transistors. Chem Comm, 2005, 5(6): 792–794

- Omomo Y, Sasaki T, Wang L Z, et al. Redoxable nanosheet crystallites of MnO₂ derived via delamination of a layered manganese oxide. J Am Chem Soc, 2003, 125(12): 3568—3575 [DOI]
- 11 Liu Z H, Ooi K, Kanoh H, et al. Swelling and delamination behaviors of birnessite-type manganese oxide by intercalation of tetraalkylammonium ions. Langmuir, 2000, 16(9): 4154—4164 [DOI]
- 12 Laviron E. General expression of the linear potential sweep voltammogram in the case of diffusionless electrochemical systems. J Electroanal Chem, 1979, 101: 19–28
- 13 蔡称心,陈静.碳纳米管电极上辣根过氧化物酶的直接电化学. 化学学报,2004,62(3):335—340
- Meites L. Polarographic techniques. 2nd ed. New York: Wiley, 1965.
 282
- 15 Chen H J, Wang Y L, Liu Y, et al. Direct electrochemistry and electrocatalysis of horseradish peroxidase immobilized in Nafion-RTIL composite film. Electrochem. Commu., 2007, 9(3): 469–474[DOI]
- 16 Zhao G G, Zhang L, Wei X W. An unmediated H₂O₂ biosensor based on the enzyme-like activity of myoglobin on multi-walled carbon nanotubes. Anal. Biochem., 2004, 329(1): 160–161[DOI]
- 17 Feng J J, Zhao G, Xu J J, et al. Direct electrochemistry and electrocatalysis of heme proteins immobilized on gold nanoparticles stabilized by chitosan. Anal Biochem, 2005, 342(2): 280-286[DOI]
- 18 Yang Y H, Yang M H, Wang H, et al. An amperometric horseradish peroxidase inhibition biosensor based on a cysteamine self-assembled monolayer for the determination of sulfides. Sensor Actuat B, 2004, 102(1): 162–168[DOI]