地表水微囊藻毒素的表面等离波子共振 免疫检测方法研究

王晓萍1 詹舒越1 罗昭锋2 周宏敏2

(¹浙江大学现代光学仪器国家重点实验室,浙江杭州 310027 、 ²中国科学技术大学合肥微尺度国家实验室,安徽合肥 230027/

摘要 结合表面等离波子共振(SPR)技术与免疫检测技术,研究和建立了一种响应速度快、免标记、低成本的地表 水微囊藻毒素(MC-LR)检测方法。基于 Spreeta[™]传感器构建了小型 SPR 免疫检测系统,采用共价偶联方法在传 感器金膜表面修饰 MC-LR-BSA 抗原为生物敏感膜;开展了 MC-LR 的 SPR 免疫检测方法实验研究,结果表明该方 法的相对标准偏差为 1.0% (n=6), 定量范围为 2~32 ng/mL, 检测限为 0.63 ng/mL, 半抑制浓度 CL。为 10.7 ng/mL,空白加标回收率和样品加标回收率在 90%~113%之间。实样检测实验中,管道末梢饮用自来水水 样未能检测出 MC-LR,而某湖水水样中 MC-LR 的质量浓度为 2.46 ng/mL。实验研究与结果表明, MC-LR 的 SPR 免疫检测方法可以满足世界卫生组织(WHO)对于饮用水中 MC-LR 最低含量检测的需求。

关键词 测量;表面等离波子共振;水质检测;微囊藻毒素 MC-LR;免疫检测方法

中图分类号 O661.1 文献标识码 A doi: 10.3788/AOS201232.0212005

Research of Surface Plasmon Resonance Immunoassay Method for Microcystin-LR in Surface Water

Zhan Shuvue¹ Luo Zhaofeng² Wang Xiaoping¹ Zhou Hongmin²

¹ State Key Laboratory of Modern Optical Instrumentation, Zhejiang University, Hangzhou, Zhejiang 310027, China ² Hefei National Laboratory for Physical Sciences at Microscale and School of Life Sciences, University of Science and Technology of China, Hefei, Anhui 230027, China

Abstract A novel assay detection method for microcystin-LR (MC-LR) in surface water is researched and established which combines surface plasmon resonance (SPR) technique with immunoassay method. Spreeta[™] sensor is adopted in the SPR flow injection analysis (FIA) system. The reusable biosensor chip is functionalized with (MC-LR)-BSA using covalent-coupling method. Experimental studies of SPR immunoassay method for MC-LR are carried out, the results show that relative standard deviation (RSD), quantitative range, detective limit and half maximal inhibitory concentration ($C_{l_{50}}$) are 1.0% (n = 6), 2~32 ng/mL, 0.63 ng/mL and 10.7 ng/mL, respectively. Recovery rate of blank sample and different water samples spiked MC-LR ranges from 90% to 113%. It is concluded that tap water does not contain MC-LR while pond water contains 2.46 ng/mL MC-LR in real sample assay. The experimental results demonstrate that the SPR immunoassay can well meet drinking water guidelines of the World Health Organization (WHO) for MC-LR.

Key words measurement; surface plasmon resonance; water-quality detection; microcystin-LR; immunoassay method OCIS codes 120.1880; 240.6680

引 言

1

微囊藻毒素 MC-LR((Microcystin-LR)是目前

已知的出现频率最高、产生量最大、毒性最强及急性 危害最大的一种淡水蓝藻毒素,且具有水溶性和耐

收稿日期: 2011-08-08; 收到修改稿日期: 2011-10-03

基金项目: 国家 863 计划(2009AA06Z406)、国家自然科学基金重点项目(61036012)和中央高校基本科研业务费专项资 助课题。

作者简介:王晓萍(1962--),女,博士,教授,主要从事水环境的物理检测方法与监测仪器设计、表面等离波子共振生物光 学传感技术与仪器设计、电子舌设计及其应用等方面的研究。E-mail: xpwang@zju.edu.cn

热性,不挥发,抗 pH 变化,在水中自然降解过程十 分缓慢等特点^[1]。该毒素是一种肝毒素,是肝癌的 强烈促癌剂,长期饮用含有 MC-LR 的水会严重威 胁人体健康^[2]。世界卫生组织(WHO)在其推荐的 饮用水标准中,规定 MC-LR 质量浓度不准超过 1 μg/L^[3]。如何准确、快速、简易地检测出水体中 MC-LR 的含量是当前水质分析领域关注的热点之 一。微囊藻毒素分析检测新方法的探索与研究对于 维护环境安全和全人类的健康具有重要意义。

目前 MC-LR 常用的检测方法有生物分析法、 化学仪器分析法和免疫检测法。以小鼠实验为典型 的生物分析法,虽然简单易行,但因生物个体差异等 导致测量结果偏差大,且灵敏度非常低,特异性 差^[4]。以色谱、质谱技术为主的化学仪器分析法可 对藻类毒素各种同系物进行鉴别、定量,但是该方法 依赖大型仪器设备以及熟练操作的技术人员,且样 品前处理复杂,因此分析成本高、时间长^[5]。酶联免 疫分析法由于具有较高特异性和选择性^[6],样品前 处理相对简单以及商品化的试剂盒为该方法的进一 步应用提供了可能性。但其检测过程需要酶标记抗 体及依赖于酶催化反应的比色检测,导致成本增加, 需耗时数小时,且检测过程需依赖于实验室环境,难 以满足现场分析检测的实时性要求。

将灵敏度高、特异性强的免疫分析方法与计算机、传感器等技术相结合,是环境检测技术的发展趋势。如 Campas 等^[7,8]在电化学免疫传感器及 Long

等^[9]在倏逝波全光纤新型免疫传感器的研究中都已 取得了较好的研究成果,但这些免疫传感器仍然无 法摆脱对酶或荧光标记物的依赖。

为了建立一种免标记、响应速度快、灵敏度高、成本低的 MC-LR 检测分析方法,本文把免疫分析方法 与表面等离波子共振(SPR)检测技术相结合,提出并 设计了一种小型化、可适用于现场的 SPR 免疫检测 分析系统,制备了可识别 MC-LR 的特异性分析免疫 传感器,通过实验分析评价了该检测系统的性能指 标,实现了地表水水质 MC-LR 含量的测定。

2 检测原理与实验装置

SPR 是光在玻璃与金属薄膜界面发生全反射 时产生的倏逝波引发金属表面的自由电子产生表面 等离波子(SP),并在 SP 与倏逝波频率和波数相同 的情况下产生的一种共振现象,由此导致反射光的 能量急剧下降,反射光谱上出现共振峰^[10]。在传感 芯片表面固定一层生物分子识别膜,当待测样品流 过芯片表面时,若样品中有能够与芯片表面的生物 分子相互作用的分子,会引起金膜表面折射率变化, 最终导致 SPR 共振峰变化,从而可获得被分析物的 浓度、亲和力、动力学常数和特异性等信息。

自行研制开发的 SPR 免疫检测分析系统结构 如图 1 所示。传感器选用 Kretschmann 结构的 TSPR1A170100 Spreeta[™]传感器,其折射率分辨率



图 1 SPR 生物检测分析系统结构图 Fig. 1 Schematic of the SPR bioanalyzer

0212005-2

为 5×10⁻⁶ RIU(单位折射率),具有体积小、功耗低、性价比高等特点;十通阀(美国 Valco Inc.)用于 切换选择缓冲液、待检样品和再生液等;工业注射泵 (Sapphire Engineering[™] Inc.)依据程序将各种溶 液注射并流经表面功能化的 SPR 传感器表面,传感 器输出的 SPR 光谱经信号检测与控制电路采集后, 传送到计算机进行分析处理。系统具有自动测量、 清洗、再生等功能,并且结构小巧轻便,可满足环境 水质分析领域现场实时检测的需求。

3 材料与方法

3.1 材 料

N-羟基琥珀酰亚胺(NHS);水溶性碳化二亚胺 (EDC);四氯苯酚(TECP);盐酸乙醇胺(1 mol/L ethanolamine hydrochloride,pH 值为 8.5,Alfa Aesar Inc.):纯度大于 98%;十二烷基硫酸钠 (SDS)溶液:质量分数为 10%;MC-LR 单克隆抗体 (MC-LR-mAb,清华大学生命科学学院);MC-LR 标准品(Sigma Inc.):纯度大于 95%;磷酸盐缓冲液 (PBS):将 8.0 g NaCl,2.9 g Na₂HPO₄,0.2 g KH₂PO₄,0.2 g KCl溶于 800 mL 蒸馏水中,调整溶 液 pH 值至 7.4,补充液体使溶液体积为 1 L,分装、 高压蒸汽灭菌后室温保存;再生液:100 mmol/L的 NaOH 溶液与质量分数为 0.05%的 SDS 溶液 混合。

3.2 测试方法及生物芯片制备

由于 MC-LR 是小分子,为提高检测灵敏度通 常采用间接检测法即抑制法进行测量。其过程为: 将 MC-LR 抗原偶联在 SPR 传感器芯片(金膜)表 面;将适量的 MC-LR-mAb 与含有 MC-LR 分子的 被测溶液混合,抗原抗体结合后,混合液中尚有一定 余量的 MC-LR-mAb;将该混合液作为 SPR 仪器的 被测样品注入并流经传感器金膜表面,此时混合液 中多余的 MC-LR-mAb 与修饰在传感器金膜表面 的 MC-LR 抗原结合,SPR 输出信号发生变化,根据 SPR 输出信号的大小,可以得到混合液中多余 MC-LR-mAb 的量,从而可以计算出被测溶液中的 MC-LR 分子浓度。

为使 SPR 传感器对特定待测分子具有特异性, 需要对传感器芯片(金膜)表面进行修饰。对于 MC-LR 传感芯片的制备,是利用(MC-LR)-BSA 偶联物的 巯基与传感器金表面共价偶联,形成一层自组装的单 分子检测层。具体的步骤如图 2 所示。



图 2 MC-LR 生物芯片制备过程

Fig. 2 MC-LR biosensor chip preparation procedure

 1)用体积比为 7:3的浓硫酸(质量分数为 98%)和双氧水(体积分数为 30%)的混合溶液清洗 传感器金膜表面 12 h。

2) 取(MC-LR)-BSA 溶液 20 μL 滴于芯片表面

反应 8 h,使(MC-LR)-BSA 通过巯基固定于芯片表 面。

3)回收芯片表面的 MC-LR-BSA 溶液,冲洗芯 片表面,氮气吹干,取 2 mg/mL BSA + 1% TECP (质量分数)溶液 20 μL 滴于芯片表面,反应 5 h。在 TECP 作用下,BSA 的蛋白二硫键被打开,封闭未 吸附(MC-LR)-BSA 的金膜表面,以减少结合过程 的非特异性吸附。

4)冲洗芯片表面,氮气吹干。取 NHS/EDC 混 合溶液 20 μL 滴于芯片表面反应 5 h,交联活化芯 片,使得芯片表面的独立蛋白 BSA 之间的羧基与氨 基交联在一起,提高结合的稳定性。

5)冲洗芯片表面,氮气吹干。取盐酸乙醇胺 20 μL滴于芯片表面反应 12 h,封闭芯片表面多余 的羧基,减少羧基对抗体蛋白的非特异性吸附。

3.3 性能测试实验

3.3.1 实验条件确定

再生液确定:分别以 100 mmol/L NaOH 和 100 mmol/L NaOH+0.05% SDS(质量分数)混合 液为再生液,以稀释 600 倍的 MC-LR-mAb 溶液作 为检测样品,以 25 μ L/min 的速度进样,进样量为 50 μ L,考察芯片的再生结果,即基线回复到初始值 的情况。

抗体稀释比确定:将 MC-LR-mAb 与 PBS 按体 积比为 1:300,1:600,1:1000 比例稀释,分别作为检 测样品,以 25 μ L/min 速度进样,进样量为 50 μ L, 测试并比较三种样品的 SPR 响应值,作为选择抗体 稀释比例的依据。

3.3.2 检测性能测试

重复性测试:以1:600 MC-LR-mAb 稀释液为 测试样品,以25 μL/min 速度进样,进样量为50 μL 并再生;重复20次,以测试芯片的稳定性。

标准品测试实验:用 PBS 缓冲液、MC-LR 标准 品和 1:600 MC-LR-mAb 稀释液,配制出 MC-LR 质量浓度分别为 64,32,10,5,2,0.5 ng/mL 的标准 溶液。并从高浓度到低浓度依次进行检测,每个样 品重复 3 次,求得每个样品的平均 SPR 响应值,从 而得到 MC-LR 的标准曲线。

3.3.3 实际样品检测

空白加标水样测试:以二级去离子水作为空白 水样,用空白水样、MC-LR标准品和1:600MC-LR-mAb稀释液,配制出MC-LR质量浓度分别为 16,4,2 ng/mL的空白加标样品。分别测试这三个 样品,每个样品重复3次,求得每个样品的平均 SPR响应值,并计算空白加标回收率。

实际水样测试:以某湖水、饮用自来水管道末梢 的水样为被测样品,分别取样 100 μL。样品放置于 离心机上以 12000 r/m 的速度离心 6 min,去除颗粒 杂质,取上清液作为被测水样。分别在这两种水样 与1:600 MC-LR-mAb 稀释液的混合液中,添加 4 ng/mL的 MC-LR,得到水样加标样品。分别对这 两种水样及水样加标样品进行检测,每个样品重复 3次,求得每个样品的平均 SPR 响应值,并计算两 种水样加标回收率及其水样的 MC-LR 含量。

4 结果与讨论

4.1 测试条件选定

两种再生液的传感图如图 3 所示,由图可见,当 以 100 mmol/L NaOH 为再生液时,再生后基线与 初始基线存在约 32RU 的结合量差值,表明该再生 液不能使传感器表面的抗原和抗体结合物完全分 离。而对于 100 mmol/L NaOH+0.05% SDS 再生 液,再生后基线复原。



图 3 抗体稀释 600 倍,两种不同再生液的 SPR 谱图 Fig. 3 Sensorgrams of two different regeneration solutions with 1:600 diluted antibody

MC-LR-mAb 与 PBS 分别按体积比为 1:300, 1:600,1:1000 比例稀释的稀释液的 SPR 传感图如 图 4 所示。由图可见,在同样的进样量和进样速度 的条件下,1:300 MC-LR-mAb 稀释液的结合量为 最大,达 300 RU;1:1000 MC-LR-mAb 稀释液的结 合量为最小,仅为 102 RU。1:300 MC-LR-mAb 稀 释液结合值较大,但抑制浓度随之增大,最终导致检 测限变大,且抗体消耗量也大,会增加分析成本;而 1:1000 MC-LR-mAb 稀释液结合值低,竞争抑制曲 线动态响应范围小,会导致定量浓度范围变窄。因 此选择 1:600MC-LR-mAb 稀释液较为恰当,其响 应值为 220 RU,能在检测限、样品消耗量及信号动 态响应范围之间取得一个合理的平衡。

4.2 重复性

分析重复性实验的 20 次测量结果,求得 20 次测量的平均 SPR 响应值为 223.2 RU,标准偏差为 2.0 RU,相对标准偏差(RSD)值为 1.0%,响应信号





Fig. 4 Sensorgram of complete measuring process, including 4 steps of binding, dissociation, regeneration and recovery

的最大偏差在4 RU之内。结果表明传感器芯片表 面偶联的抗原结合牢固,抗体稀释倍数和再生条件 选择合理。在该条件下,测试方法具有良好重复性。

4.3 标准曲线

分析不同浓度 MC-LR 溶液的 SPR 测量结果, 以 SPR 传感器的响应结合值为纵坐标, MC-LR 浓 度值的对数为横坐标,用 Sigmoidal 非线性关系拟 合拟合曲线的相关系数 R²=0.997,得到 MC-LR 标 准曲线如图 5 所示。结合值最低和最高端分别由于 饱和结合及抑制溶液中抗体浓度低而趋向于平稳, 中间部分呈线性递减的过程,很好地符合抑制模式 的抗原抗体生物测量过程。FDA 的《标准分析方法 与步骤依据指南》^[11]中定义检测限为 3.3σ/S,其中 σ 为重复性测量的标准偏差,S为标准曲线的斜率。 由标准曲线测量点可以计算 S=9.52 RU·mL/ng, $\sigma=2.0$ RU,因此该方法的检测限为 0.63 ng/mL, 半抑制浓度 CL。为 10.7 ng/mL。由标准曲线及检 测限可确定其定量范围为 2~32 ng/mL。结果表明 该检测方法可以很好地满足 WHO 对于饮用水中 MC-LR 最低含量检测的需求。

由图 4 可知,一次完整的 SPR 检测过程包括结 合、解离、再生及恢复四个过程,耗时约为 10 min。 在实际应用过程,根据单次测量的响应值,由标准曲 线可以得到 MC-LR 的浓度值。相比于化学仪器分 析法及酶联免疫法,其快速定量是一大优势,可满足 现场实时检测的需求。



图 5 MC-LR 的标准曲线

Fig. 5 Calibration curve for MC-LR standard solutions

4.4 实样测试结果与回收率

根据空白加标样品测试实验结果,可得到各样品的平均响应值,根据标准曲线反演计算得到的MC-LR添加浓度和回收率如表1所示,回收率最大偏差在10%左右,结果表明所建立的MC-LR检测方法具有较高的准确性。

表 1 空白与空白加标的响应值、反演计算 MC-LR 浓度值和回收率

Table 1 Response, derived concentration and recovery rate of blank sample and blank sample water spiking MC-LR with three different concentrations

Samples / (ng/mL)	Mean response /RU	Derived concentration / (ng/mL)	Recovery / %
Blank	224.3		
2	214.8	2.25	112.5
4	198.6	4.41	110.3
16	60.1	16.8	105.0

根据实际水样及加标测试实验结果,得到的各样 品平均响应值如表 2 所示。自来水空白的响应值低 于检测限响应值,因此认为自来水样中未能检测出 MC-LR;根据自来水加标的 SPR 响应值,由标准曲线 反演计算得到其质量浓度为 4.25 ng/mL,回收率为 106.3%。湖水空白的 SPR 响应值为 213.4 RU,反演 计算得到其质量浓度为 2.46 ng/mL;由湖水加标的 响应值反演计算其质量浓度为 6.27 ng/mL,扣除湖 水空白的浓度值,可得添加质量浓度为 3.81 ng/mL, 湖水样品的回收率为 95.3%,因此湖水中含有质量浓 度为 2.46 ng/mL 的 MC-LR。

Table 2 Response, derived concentration of MC-LR and recovery rate of four kinds of samples					
Samples	Mean response /RU	Derived concentration /(ng/mL)	Recovery / %		
Blank tap water	223.5				
Tap water spiked 4 ng/mL MC-LR	200.6	4.25	106.3		
Blank pond water	213.4	2.46			
Pond water spiked 4 ng/mL MC-LR	175.6	6.27	95.3		

表 2 四种样品的响应值、反演计算 MC-LR 浓度值和回收率

5 结 论

将 SPR 技术与免疫检测技术相结合,研究和建 立了一种水质 MC-LR 检测新方法。基于自行研制 开发的 SP 免疫检测分析系统,开展了一系列的性 能测试实验,分析评价了 MC-LR SPR 免疫检测方 法的主要性能指标。研究和实验结果表明,所建立 的检测方法具有较高的灵敏度,能满足 WHO 对于 饮用水中 MC-LR 最低含量检测的需求;采用免疫 检测技术具有特异性,可直接检测水中 MC-LR 的 含量;样品前处理简单,分析速度快(单次样品的分 析时间仅为10 min);检测过程无需标记,分析成本 低。因此 MC-LR 的 SPR 免疫检测方法及 SPR 免 疫检测分析系统为地表水的分析检测提供了新的选 择方案。

参考文献

- 1 K. Harada, K. Tsuji, M. F. Watanabe *et al.*. Stability of microcystins from cyanobacteria-III. * effect of pH and temperature[J]. *Phycologia*, 1996, **35**(6S): 83~88
- 2 E. M. Jochimsen, W. W. Carmichael, J. S. An *et al.*. Liver failure and death after exposure to microcystins at a hemodialysis center in Brazil[J]. *New England Journal of Medicine*, 1998, **338**(13): 873~878
- 3 S. Yamamura, J. Bartram, M. Csanady *et al.*. Drinking water guidelines and standards [C]. World Health Organization,

Geneva, Switzerland, 2004

- 4 I. R. Falconer. Mechanism of Toxicity of Cyclic Peptide Toxins from Blue-Green Algae [M]. London: Acad. Press, 1993. 177~186
- 5 T. Yu, P. Xie, M. Dai *et al.*. Determinations of MC-LR and (Dha 7) MC-LR concentrations and physicochemical properties by liquid chromatography-tandem mass spectrometry[J]. *Bulletin of Environmental Contamination and Toxicology*, 2009, **83**(5): 757~760
- 6 T. Tsutsumi, S. Nagata, F. Yoshida *et al.*. Development and application of highly sensitive anti-immune complex ELISAs for microcystins in tap water [J]. *Food and Agricultural Immunology*, 2000, **12**(3): 231~241
- 7 M. Campas, D. Szydlowska, M. Trojanowicz *et al.*. Enzyme inhibition-based biosensor for the electrochemical detection of microcystins in natural blooms of cyanobacteria [J]. *Talanta*, 2007, **72**(1): 179~186
- 8 F. Zhang, S. H. Yang, T. Y. Kang *et al.*. A rapid competitive binding nonseparation electrochemical enzyme immunoassay (NEEIA) test strip for microcystin-LR (MCLR) determination [J]. *Biosensors and Bioelectronics*, 2007, **22**(7): 1419~1425
- 9 F. Long, M. He, H. C. Shi *et al.*. Development of evanescent wave all-fiber immunosensor for environmental water analysis [J]. *Biosensors and Bioelectronics*, 2008, 23(7): 952~958
- 10 Wood, R. W. On a remarkable case of uneven distribution of light in a diffraction grating spectrum [J]. Proceedings of the Physical Society of London, 1902, 18: 269
- 11 FDA IDraft Guidiance for Industry: Analytical Procedures and Methods Validation, Chemistry, Manufacturing, and Controls Documentation (draft guidance) [S]. U. S. Federal Register, 2000

栏目编辑:李文喆