多功能灵敏固相时间分辨荧光免疫分析仪设计

宋克非,张佩杰

(中国科学院长春光学精密机械与物理研究所 长春 130033)

摘 要:针对固相时间分辨荧光光谱的测量,设计出一种全新的固相时间分辨荧光免疫分析系统。使用氮分子激光器作为激 发光源,采用积分球和单色仪相结合的荧光收集结构,使杂散光对样品荧光的影响降到最低;用光电倍增管进行光电转换,在 500~700 nm 范围实现了高分辨荧光光谱测量;利用数字方式实现取样积分功能,提高了系统的信噪比。系统可实现荧光寿 命、时间分辨荧光光谱、物质浓度的自动测量,仪器的检测灵敏度可达 10⁻¹² mol/L 线性范围为 10⁻¹²~10⁻⁹ mol/L 稳定性相对 误差小于 3% 荧光光谱分辨为 0.5 nm。

关键词:固相时间分辨;荧光免疫分析系统;光栅单色仪;积分球 中图分类号:TP216 文献标识码:A 国家标准学科分类代码:510.20

Design of a new solid-phase time-resolved fluorescence immunoassay analyzer

Song Kefei, Zhang Peijie

(Changchun Institute of Optics , Fine Mechanics and Physics (CIOMP) , Chinese Academy of Sciences , Changchun 130033 , China)

Abstract: A new solid-phase time-resolved fluorescence immunoassay analysis system has been designed for solid-phase time-resolved fluorescence spectroscopy measurements. The device uses nitrogen molecular laser as the excitation light source and employs integrating sphere combined with grating monochromator as the fluorescence collecting subsystem to minimize the influences of stray light on the sample fluorescence. Photomultiplier tube is used to convert the sampled optic signal to electronic signal and high resolution measurements of fluorescence spectrum in the range of 500 ~ 700 nm are implemented. The converted electrical signals are sampled and integrated digitally with a single chip micro-computer , which improves the signal to noise ratio of the received signal. The instrument can complete fluorescence lifetime measurement , time-resolved fluorescence spectroscopy measurement and substance concentration measurement. Experimental results show that the measurement sensitivity is up to 10^{-12} mol/L , linearity range is $10^{-12} \sim 10^{-9}$ mol/L , relative stability error is lass than 3% and the measurement resolution is 0.5 nm. **Key words**: solid-phase time-resolved; fluorescence immunoassay analysis system; grating monochromator; integrating sphere

1 引 言

时间分辨荧光免疫分析(time-resolved fluore -scence immunoassay, TRFIA) 技术是 20 世纪 80 年代发展起来的 一项新型非放射性免疫分析技术。与传统的荧光免疫分

收稿日期: 2011-03 Received Date: 2011-03

析方法不同,时间分辨荧光免疫分析技术^[1-2]具有灵敏度 高、标记物制备简单、稳定性好、标准曲线线性范围宽、分 析速度快、特异性强等优点,因此深受生物、医学研究工 作者的青睐,成为最有发展前途的超微量分析技术^[34]。 TRFIA 理论^[5]自提出以来,迄今已发展为两大独立体系, 分别是解离增强体系(液相 TRFIA)和固相时间分辨荧光 免疫分析(固相 TRFIA)。液相 TRFIA 系统对标记的配 体必须加入增强液解离增强,将稀土元素从配体上解离 下来,同另一种螯合剂形成发光螯合物,再进行荧光信号 检测。液相 TRFIA 荧光信号由于没有空间特异性,另外 由于进行了解离增强过程,操作工序复杂,引入了稀土外 源污染,分析的准确度降低^[6]。为了克服液相 TRFIA 体 系的不足,1988 年加拿大 Diamandis 等人建立了固相 TR-FIA 体系^[74]。它以4,7-二氯磺基苯-1,10 菲啰啉-2,9 二 羧酸(BCPDA)为螯合剂,制备稀土标记免疫复合物,由 于 BCPDA 分子结构具有增强荧光作用,无需加入增强 液,可直接检测稀土标记免疫复合物的荧光。目前,固相 TRFIA 体系尚不完善,关键技术问题,如弱反射荧光信号 检测、检测样品池技术、螯合剂稳定性等还需要进一步的 解决。

我国 TRFIA 的研究和临床工作发展相对较晚,从20 世纪90 年代开始,北京大学、原子能科学院、清华大学和 长春应化所等医疗单位和科研院所也合成过多种螯合物 和专用试剂,并对样品池、标记物等关键技术进行了研 究。潘利华等人^[9]通过 BCPDA 标记乙肝抗体 IgG 实验 研究了 BCPDA 标记蛋白质的方法,获得了较高标记比、 又保持相对高生物活性的标记物。

为了满足对固相 TRFIA 检测设备的需求,本文研制 了多功能灵敏固相时间分辨荧光免疫分析系统,用高能 量激光作为激发光源,采用反射式的荧光收集方式,用光 电倍增管作为荧光检测器件,数据采集系统采用数字取 样积分方法,解决了弱荧光信号难于检测的问题,实现了 荧光寿命测量、时间分辨荧光光谱测量及物质浓度的 测量。

2 工作原理及系统结构

时间分辨荧光原理是以镧系元素作为荧光标记物, 利用这类物质有长荧光寿命的特点,延长荧光时间,在短 寿命的自然本底荧光完全衰退后再进行测定,所得的信 号即为长寿命镧合物的荧光,从而有效地消除非特异性 本底荧光的干扰,大大提高信噪比。利用增强液的作用 使荧光信号增强使铕离子很容易解离出来,采用脉冲光 源,短时照射物品后,以电子设备控制采样延迟时间,等 非特异本底荧光衰退后,再测定样品发出的长寿命荧光。 用时间分辨荧光免疫分析仪测定荧光物质发射荧光的强 度,根据检测到荧光强度和相对标准样品荧光强度比值, 建立标准样品荧光强度和样品浓度关系的标准曲线,在 标准曲线上计算分析分析物的物质浓度,达到定量分析 的目的^[10-12]。

液相 TRFIA 与固相 TRFIA 时间分辨荧光免疫检测 都是通过寻求一种中间物,使铕离子与待测物质细胞 CEA 按照一定的比例结合,通过测量铕离子的荧光发光 强度,就可以实现荧光强度和铕离子浓度的标定,继而可 实现荧光强度和待测物质 CEA 浓度之间的标定,实现物 质的浓度检测。

2.1 系统结构

固相时间分辨荧光免疫分析系统由激发光源、激发 光光学系统、样品、单色仪、探测器、信号处理系统、计算 机测控及通信应用软件等几部分组成。系统的组成结构 框图如图1所示。





Fig. 1 System structure of the solid-phase time-resolved fluorescence immunoassay analyze

2.2 激发光学系统

固相时间分辨荧光免疫分析系统的样品为固相,荧 光强度较解离增强体系较弱,普通的氙灯作为激发光源 不能满足检测系统的需要,而激光器的能量高、稳定性 好、单色性好,可以保证荧光成分更单一^[13]。所以, NL100氮分子激光器作为激发光源。NL100氮分发光波 长为337.1 nm,光斑尺寸3 mm ×7 mm,光发散角为5× 8 mrad。

对于固相测量需用反射式的荧光收集方式,高效的 激发光学系统采用积分球结构,其结构如图2所示。



图 2 激发光学系统结构示意图

Fig. 2 Structure of the inspiring optical system

激光器发出的激光经前截至滤光片(340 nm ± 10 nm),滤除背景杂光,经透镜及45°反射镜将光会聚到 样品上,使光斑直径小于6 nm,样品激发的荧光散射到 积分球内。积分球开有3 个孔,分别是激光入孔、激光-样品的出孔、荧光-光谱仪出孔。在积分球的出口位置得 到均匀的样品荧光。积分球内壁喷镀硫酸钡,其集光效 率在90%以上。

会聚镜由4片透镜和1块滤光片组成,它能将积分 球内的光最大限度地聚集到光栅单色仪入射狭缝。狭缝 宽度的大小直接影响仪器的分辨率和能量,狭缝宽度窄, 仪器分辨率高,但进入仪器能量低;反之,狭缝宽度较宽, 进入仪器能量高,而仪器分辨率下降。为了使仪器适用 于不同的应用条件,单色仪出、入狭缝设计了宽度调节装 置,狭缝宽度可以调节成5个不同的宽度值。

为了最大程度地降低仪器的杂散光,在聚光镜后面 装有1块截止滤光片,使小于450 nm的光不能进入光栅 单色仪。光谱仪采用凹面全息光栅作为色散元件,反射 面少,聚光效率高,杂散光小。

单色仪光栅采用闪耀光栅,转动光栅,可以使各种波 长光依次从出缝射出。波长扫描原理依据光栅衍射方程 计算:

$$\lambda = \frac{2d}{m} \cos\varphi \cdot \sin\theta \tag{1}$$

式中: α 为入射角 β 为衍射角, λ 为波长 d 为光栅常数, *m* 为光栅衍射级次 φ 为入射光与衍射光夹角之半 θ 为 光栅从零级位置算起光栅转动角度。

步进电机转动带动螺杆转动,螺杆转动带动螺母移动,螺母移动推动紧靠在螺母上的杠杆转动,从而带动与杠杆刚性连接的光栅转动,实现波长扫描。步进电机转动由计算机控制实现。该仪器光谱扫描可以从 500 ~ 700 nm 范围内的扫描,光谱分辨率为 0.5 nm。仪器起始光谱位置定位由两级霍尔元件实现(初定位和精定位),定位精度高,波长重复性好,定位精度及波长重复性均优于±0.5 nm。

样品架能同时放置4个样品,由步进电机控制,采用 霍尔元件定位,可放置固体样品、液体样品。

固相时间分辨荧光免疫分析系统选用光电倍增管作 为荧光检测器件。它的作用是将受激产生的微弱的荧光 信号转变为相应的电信号,它具有极高的灵敏度,时间响 应在 ns 量级^[14-15]。光电倍增管选用日本滨松公司 R928-102 侧窗光电倍增管作为光电转换器件,其光谱响应范 围较宽,在400~700 nm 光谱灵敏度高,以铽和铕为主的 标记物,其发射荧光波长在545 nm 和615 nm 位置附近, 满足使用要求。

2.3 信号采集与处理

计算机控制系统主要功能是将样品受激发产生的微 弱荧光信号进行波长选择,将弱的荧光信号转变为放大 后的电信号,经采样与模数转换,由 CPLD 存储到外部的 数据存储器中。单片机读取数据分析处理后传输给计算 机,根据计算机传递来的指令信息,设定采样测量的延迟 时间、采样时间、采样频率等参数,实现对荧光信号的去 噪和提取。采集得到的数据传输给计算机,通过算法处 理进一步去嗓,完成相应的功能测量。

信号采集与处理采用数字取样积分器完成信号的提 取和处理,利用很窄的与待测信号同步的取样脉冲信号 对伴有噪声的待测信号逐点取样,对每一个取样点作积 分平均,并利用噪声和待测信号的非相关性,通过 RC 积 分电路对取出的样品信号进行同步累积,达到取样平均 的目的。

令随机噪声方均根值为 ρ,信号为 S,则一次采样测 量,其信噪比 SNR 可表示为:

$$(SNR)_{m} = \frac{mS}{\sqrt{m\rho^{2}}} = \frac{\sqrt{mS}}{\rho} = \sqrt{m}(SNR)$$
(3)

信噪比改善:

$$SNIR = (SNR)_m / (SNR) = \sqrt{m}$$
(4)

从式(3)可知,信噪比改善与重复累积采样次数的 平方根成正比。取样次数越多,信噪比改善越好。研制 的数字取样积分器采样次数在1~8192范围内任意设 置,信噪比改善最大为90。免疫分析系统所检测的荧光 信号的寿命范围在十几个微秒到几十个毫秒之间,如果 仅仅采用单一的采样频率,难免产生频谱遗落或者数据 冗余,故将寿命范围划分为11个区间,依据荧光寿命范 围选择不同的采样频率、同步延时时间及采样脉宽等,以 得到精确的荧光寿命。

2.4 系统工作原理

固相时间分辨荧光免疫分析系统的工作过程包括样 品的标记、特异荧光的产生、荧光发光波长的选择、荧光 信号的检测、信号采集存储与处理、数据报告和结果分析 等步骤。

固相时间分辨荧光免疫分析系统的整个测试测量过 程在微处理器控制下自动完成。开机后微处理器首先进 行系统的归零工作,此时光电倍增管的高压调到0V,单 色仪的前、后狭缝宽度调节为0.1 mm。将待测样品放置 在样品池中,关闭样品盒,在计算机应用程序软件选择任 务并设置测试参数后,就可以开始测量。计算机控制系 统自动完成样品池的弹入,前后狭缝宽度调节,光电倍增 管高压设置,单色仪扫描波长选择,控制电子学硬件系统 完成荧光信号的采集与存储,读取处理后传输给计算机, 计算机应用程序软件接收数据处理后,在应用程序界面 上显示测量结果。

3 系统性能测试和数据分析

固相时间分辨荧光免疫分析系统的性能测试主要包 括时间分辨荧光光谱测量、荧光寿命测量、物质浓度测 量、稳定性测量和灵敏度测量五个方面。

3.1 时间分辨荧光光谱测量

对待测样品进行时间分辨荧光光谱测量,首先要估 计待测样品荧光寿命的大致范围,并根据估计寿命范围 选择合适的采样频率。寿命范围可由标记物来确定,如 铕标记的样品荧光寿命范围在600 μs 左右,铽标记的样 品荧光寿命在3~4 ms。在寿命范围内,合理地选择采样 延迟时间,减小短寿命的杂质荧光和激光干扰对荧光信 号测量产生的干扰,同时不至于使延迟时间后荧光信号 强度衰减到过小。采样时间的选择要尽可能长,但要兼 顾采样时间内荧光信号强度要足够大。逐渐升高光电倍 增管高压值(0~1 100 V),直至荧光强度达到满意效果。

如图 3 所示,对 Eu 标记的铕含量 4% 的固相螯合剂 Y₂(Mo₄),进行时间分辨荧光光谱的测量,光谱扫描范围 在 580~650 nm,光栅单色仪前后狭缝宽度均为1 mm,光 电倍增管高压 700 V,采样延迟时间和采样时间均为 200 μs,采样频率为 375 kHz。测量结果如图 4 所示。









图 4 Eu 标记销含量 4% 的 Y₂(Mo₄)₃ 的荧光寿命曲线 Fig. 4 Fluorescence lifetime curve of solid-phase chelate Y₂(Mo₄)₃ labeled with 4% Eu

从测量结果可知 ,Eu 标记的铕含量 4% 的固相螯合剂 Y₂(Mo₄)₃ 发射波长为 613.2 nm ,相关资料测量结果为 613.0 nm ,测量相对偏差为:

$$\delta = \frac{(613.2 \pm 0.5) - 613.0}{613.0} < 0.2\%$$
(5)

分别对 Eu 标记液相 P8 螯合物和 Tb 标记液相 P8 螯 合物进行了时间分辨荧光光谱的测量,测量结果分别为 (613.2±0.2) nm、(545.2±0.2) nm。从测试数据可以 看出 固相时间分辨荧光免疫分析系统波长扫描的稳定 性很好,重复性很高。测得的荧光发射波长与相关文献 的数据吻合。

3.2 荧光寿命测量

在测得的时间分辨荧光光谱图中,确定样品荧光的 发射波长,在发射波长位置,依据寿命范围确定的采样频 率,系统将自动在3倍寿命范围区间内对荧光信号进行 采集。光电倍增管高压的选取遵照时间分辨荧光光谱测 量高压选取为准。

对 Eu 标记铕含量 4% 的固相螯合剂 Y₂(Mo₄)₃ 进行 了荧光寿命测量,光栅单色仪光谱扫描波长选择为 613.2 nm,荧光寿命选择为1280~2560 μ s,采样频率为 93.750 kHz,光电倍增管高压选择为700 V。测量寿命曲 线如图 5 所示。



图 5 荧光寿命显示界面

Fig. 5 Graphical user interface of fluorescence lifetime experiment

测得 Eu 标记的铕含量 4% 的固相螯合剂 Y2(Mo₄) ₃ 荧光寿命为(544.7 ±0.6) μ s ,经大量统计分析 Eu 标记 的铕含量 4% 的固相螯合剂 Y2(Mo₄) ₃ 荧光寿命约为 (530.0 ±0.1) μ s 测量相对偏差为:

$$\frac{544.6 - 530.0}{530.0} \times 100\% = 2.7\% < 3\% \tag{6}$$

可见该仪器测量具有很高的准确性。荧光寿命演示 界面如图 5 所示。

3.3 物质浓度测量

物质浓度测量是在荧光光谱与寿命测量的基础上进 行的。在待测样品浓度的估计范围内配制标准样品,对 配制的标样进行荧光强度测量。选择合适的测量条件, 确定标样物质浓度和荧光强度的标准曲线。测量待测样 品的荧光发光强度,在已测得的标准曲线上计算样品的 物质浓度,完成物质浓度测量。

对铕标记的液相螯合剂 P8 进行了物质浓度检测。 首先进行标准曲线测量,配制标准样品,分别为 S1 (1.0×10⁻¹² mol/L)、S2(2.0×10⁻¹² mol/L)、S3(3.0× 10⁻¹² mol/L)、S4(4.0×10⁻¹² mol/L)、S5(5.0× 10⁻¹² mol/L)和S6(0 mol/L)共6种样品。设置测量参数,光栅单色仪扫描波长为613 nm,光栅单色仪前后狭 缝均为1 mm,光电倍增管高压900 V,采样延迟时间和采 样时间均为200 μ s,采样频率为375 kHz,测得标样物质 浓度的标准曲线如图6所示。进行曲线拟合,测得信号 电压值 Y 与物质浓度 X 满足方程 Y = (6.6×10¹¹) X – 0.340,拟合相关系数为0.999 2。



图 6 销标记的液相螯合剂 P8 物质浓度检测图 Fig. 6 Concentration measurement of liquid-phase chelate labeled by Eu

测量待测物质荧光强度 根据标准曲线方程即可计算 出待测物质浓度。待测样品 *S*7 浓度为 7.0×10⁻¹² mol/L。 测得信号强度 Y = 4.201 V 计算得到物质浓度 X = 6.88× 10⁻¹² mol/L 与真实值比较 相对误差为:

 $\frac{(7.0-6.88) \times 10^{-12}}{7.0 \times 10^{-12}} = 1.7\%$

结果表明 测量结果在误差允许范围内。

3.4 稳定性和灵敏度测量

为了对固相时间分辨荧光免疫分析系统的稳定性和 灵敏度进行测试,对 Eu3 + 标记的螯合物 P8 进行了检 测。试验所用 Eu3 + 标记的螯合物 P8 有较好的线性曲 线和荧光稳定性,能检测最大浓度范围为 10⁻¹² mol/L。

测试样品为 $S1 \sim S6$,在样品荧光的发光波长 613.2 nm位置处对6种样品进行测量,每种样品测量10 次,荧光强度取平均值,测量数据如表1、2 所示。对数据 进行拟合,得到的方程为 $Y = 6.6 \times 10^{11}X - 0.340$ 相关系 数R = 0.9992。结果表明,物质浓度范围变换不超过一 个数量级时,样品荧光强度与样品的浓度成正比,即荧光 激发光强度恒定,可以通过测量荧光强度来测定被测样 品的浓度。

为了检测仪器的稳定性,对样品 S3 进行 20 次测试,

将测量的结果代入式(7):

$$CV = \frac{\sqrt{\sum_{i=1}^{20} (V_i - \bar{V})^2 / 19}}{\bar{V}} \times 100\% = 1.2\% \quad (7)$$

CV < 2.5% 这说明系统具有较好的测量稳定性。

计算样品 *S*1、*S*6 的测量荧光强度值*V*1和*V*6 的相对误差:

$$\delta = \frac{V_1 - V_6}{\overline{V_1}} \times 100\% = 69.4\%$$
(8)

相对误差 $\delta > 10\%$ 。可见固相时间分辨荧光光谱仪的检测灵敏度可达 10^{-12} mol/L。

1位测灭戰度可达10 moi/L。

表1 不同狭缝宽度与对应的光谱分辨率

Table 1 Different widths of slit and

the corresponding spectrum resolution

狭缝宽度/mm	光谱分辨率/nm	狭缝宽度/mm	光谱分辨率/nm
0.1	0.5	2	10
0.5	2.5	4	20
1	5		

表2 不同浓度物质荧光强度值

Table 2 Fluorescence Intensity of tested substance with different concentrations

浓度/(mol・L ⁻¹)									₩++		
	1	2	3	4	5	6	7	8	9	10	- 平均/mV
0.000 000E - 12	98	99	101	101	97	99	95	97	98	95	98
1.000 000E – 12	324	325	321	317	316	319	315	323	320	320	320
2.000 000E - 12	984	970	987	978	976	990	973	982	980	982	980
3.000 000E – 12	1 630	1 645	1 629	1 648	1 621	1 615	1 649	1 622	1 631	1 632	1 632
4.000 000E – 12	2 355	2 329	2 337	2 340	2 364	2 359	2 345	2 347	2 354	2 371	2 350
5.000 000E – 12	2 985	2 960	2 989	2 994	2 984	2 973	2 985	2 960	2 994	2 975	2 980

4 结 论

多功能固相时间分辨荧光免疫分析系统采用以计算 机为上位机的多层控制-数据采集系统,提高了设备的自 动化水平,实现了荧光寿命、时间分辨荧光光谱、物质浓 度的自动测量。信号处理部分采用数字取样积分方法提 高信噪比,采样时间、采样门宽以及采样频率可调,方便 灵活,便捷实用。实验结果表明,该仪器取得了较高的性 能指标,同时可兼顾固相和液相样品检测,是免疫分析较 理想的仪器之一。

致 谢

多功能固相时间分辨荧光免疫分析系统研制是与潘 丽华和巢志诚研究员合作完成的,参加研制工作的还有 李俊玲、王云磊、张未来等,在此表示感谢。

参考文献

- [1] PETTERSSON K, SIITARI H, HEMMILA I, et al. Time-resolved fluoroimmunoassay of human choriogonadotropin [J]. Clinical Chemistry 1983, 29: 60-64.
- [2] SONIE E, KOJOLA H. Time resolved fluorometer for lanthanide chelates: A new generation on nonisotpic immunoassays [J]. Clinical Chemistry, 1983 29: 65-68.
- [3] 任冰强,黄立华,黄惠杰.基于免疫层析技术的时间分 辨荧光免疫分析仪研究[J].仪器仪表学报,2009,30

(6):1330-1335.

REN B Q , HUANG L H , HUANG H J. Time-resolved fluorometer based on immunochrom atography [J]. Chinese Journal of Scientific Instrument , 2009 , 30 (6) : 1330–1335.

- [4] 沈健 林德球 徐杰. 时间分辨荧光免疫分析技术研究 现状及进展[J]. 生命科学 2004 16(1):55-59.
 SHEN J, LIN D Q XU J. Present situation and progress of time-resolved fluoroimmunoassay [J]. Chinese Bulletin of Life Sciences 2004 16(1):55-59.
- [5] OINI E , EMMILA I. Fluoroimmunoassay: Present status and key problems [J]. Clinical Chemistry , 1979 , 25: 353-361.
- [6] 李振甲,陈泮藻.时间分辨荧光分析技术与应用[M]. 北京:科学出版社,1996:21-26.
 LI ZH J, CHEN B Z. Technology and application of time-resolved fluoroimmunoassay [M]. Beijing: science Press, 1996: 21-26.
- [7] DIAMANDIS E P ,MORTON R C. Time-resolved fluorescence using a europium chelate of 4 ,7-bis-chlorosulfophenyl-1 ,10-phenanthroline-2 ,9-dicarboxflicacid (BCPDA): Labeling procedures and applications in immunoassay [J]. Immunol Methods , 1988(112): 43-52.
- [8] EVANGELISTA R A, POLLAK A, ALLORE B. Immunoassay with time-resolved fluorescence spectroscopy: Principles and applications [J]. Clin. Biochem., 1988 (21):173-178.

[9] 潘利华 周誓红 孙文伟 、等. 固相时间分辨荧光免疫

标记技术研究[J].光谱学与光谱分析 2004 24(12): 1601-1604.

PAN L H ,ZHOU SH H ,SUN W W ,et al. Study of Solid-phase time-resolved fluorescence label immunoassay [J]. Spectroscopy and Spectral Analysis December, 2004 24(12):1601-1604.

[10] 王冬生,王桂梅,王玉田,等.基于稀土荧光材料的光 纤温度传感器[J].仪器仪表学报 2007 28(4 增刊): 123-127.

> WANG D SH, WANG G M, WANG Y T, et al. Fiber temperature sensor based on rare earth fluorescence material [J]. Chinese Journal of Scientific Instrument, 2007, 28(4Suppl.): 123-127.

 [11] 赵友全 魏红艳,李丹,等. 叶绿素荧光检测技术及仪器的研究[J]. 仪器仪表学报,2010,31(6): 1342-1346.

ZHAO Y Q ,WEI H Y , LI D , et al. Research on the technique and instrument of chlorophyll fluorescence measurement [J]. Chinese Journal of Scientific Instrument , 2010 31(6):1342-1346.

- [12] 吴健民. 临床化学自动化免疫分析[M]. 北京:科学出版社,2000: 225-244,79-100.
 WU J M. Clinical chemistry automated immunoassay [M]. Beijing: Science Press, 2000: 225-244,79-100.
- [13] 谢绍安. 激光技术在生物学中的研究领域及应用前景
 [J]. 激光与光电子学进展,1997(10):10-43.
 XIE SH AN. Prospects of laser technology in the areas of research in biology and application [J]. Laser & Optoe-lectronics Progress, 1997(10):10-43.
- [14] 邱健 杨冠玲 何振江 ,等. 基于紫外荧光法的大气 SO₂ 气体浓度分析仪 [J]. 仪器仪表学报 , 2008 , 29(1): 174-178.

QIU J , YANG G L , HE ZH J , et al. Atmospheric SO_2 concentration analyzer based on ultra-violet fluorescence

[J]. Chinese Journal of Scientific Instrument, 2008, 29(1): 174-178.

[15] 司马伟昌,张玉钧,王志刚,等.多波长 LED 阵列光源 叶绿素荧光探测仪电路的单片机实现[J].仪器仪表 学报,2007,28(10):1820-1825.

> SIMA W CH , ZHANG Y J , WANG ZH G , et al. MCU realization of chlorophyll fluorometer circuit based on multi-wavelength LED array [J]. Chinese Journal of Scientific Instrument , 2007 , 28(10) : 1820-1825.

作者简介



宋克非,1998年于中国科学院长春光 学精密机械与物理研究所获得硕士学位, 现为中国科学院长春光学精密机械与物理 研究所研究员,主要研究方向为微弱信号 检测技术研究及光电测量仪器的开发。 E-mail: songkf@ ciomp. ac. cn

Song Kefei received master degree in 1998 from Changchun Institute of Optics, Fine Mechanics and Physics (CIOMP), Chinese Academy of Sciences. Now she is a research fellow in CI-OMP. Her research direction is focused on technology of weak signal detection and development of photoelectric measurement instrument.



张佩杰,2010年于吉林大学获得博 士学位,现为中国科学院长春光学精密 机械与物理研究所助理研究员,主要研 究方向为微弱信号检测技术研究及电 机伺服系统设计。

E-mail: zhangpj@ ciomp. ac. cn

Zhang Peijie received doctor degree in 2010 from Jilin University. Now he is a research assistant in CIOMP. His research is focused on technology of weak signal detection and development of electrical motor servo control system.