Мобильная установка для ускоренного анализа крови методом лазерной дифрактометрии

Ирина Трапезникова
Лицей 1580 (при МГТУ им. Н.Э. Баумана), 11 класс
Научный руководитель: Наливайко В.П., к.ф.-м.н., доцент
ДНТТМ ГБПОУ «Воробьевы горы»

Актуальность работы

- В лабораторных анализах крови преобладают исследования свойств эритроцитов [1].
- Основное исследуемое свойство – деформабильность эритроцитов, определяющая эффективность газообмена и способность движения в микрососудах [2].
- При ряде патологических состояний деформационная лабильность эритроцитов существенно ухудшается.
- В современных технологиях с помощью кровотока осуществляется транспортировка наноструктурированных частиц к различным органам. Этот процесс требует оперативного контроля деформабильности эритроцитов [3].

Методы исследования эритроцитов

- Традиционные методы анализа (центрифугирование, фильтрация, реоскопия) весьма трудоемки и длительны, либо недостаточно информативны [2].
- Альтернатива традиционным методам – метод лазерной эридифрактометрии [3-7]. Однако современные модели эктацитометров имеют сравнительно большие размеры и массу.

Метод лазерной дифрактометрии

Дифракция на мазке крови

Диаметр эритроцита:

$$d = m_i \lambda \sqrt{1 + \left(\frac{2L}{D_i}\right)^2}$$

$$\lambda = 632 \text{ нм}$$

Номер темного кольца (i)	m_i	$L, \text{ мм}$	$D_i, \text{ мм}$	$d, \text{ мкм}$
1	1,22	172	33	7,8±0,2
2	2,23	172	65	
1	1,22	210	41	
2	2,23	210	78	

Моделируем течение крови в сосудах

Рассмотрим свойства слоя крови между двумя параллельными пластинами при движении одной из них.

Вблизи стенки сосуда эритроцит движется в потоке с градиентом скорости, деформируется и, вращаясь, движется как гусеница танка.

Эритроциты хаотически распределены в потоке, но все эритроциты своей узкой стороной движутся вдоль сосуда.

Дифракция на слое суспензии эритроцитов

Просвечивая слой суспензии эритроцитов излучением лазера можно наблюдать стационарные дифракционные картины в виде эллипсов.

Анализ изменения дифракционных картин позволяет судить о деформационной лабильности эритроцитов.

Цель и задачи работы

Спроектировать и создать программно-аппаратный комплекс для анализа эластичности мембран эритроцитов методом лазерной дифрактометрии, отвечающий следующим требованиям:

- мобильность, небольшие размеры и масса;**
- компьютерная видеофиксация результатов экспериментов;**
- компьютерный расчет индекса деформируемости эритроцитов в потоке крови;**
- наглядность представления зависимости индекса деформируемости от усилия сдвига (градиента скорости потока);**
- простота и удобство в использовании.**

Структура измерительного комплекса

1. Экспериментальная установка в авторском исполнении.
2. WEB камера
3. Ноутбук
4. ПО в составе трех независимых программ:
 - 4.1. Программа видеозахвата для мониторинга и сохранения результатов эксперимента: ContaCam*.
 - 4.2. Программа для редактирования видеопотока и отбора необходимых скриншотов эксперимента: FreeVimager*.
 - 4.3. Авторская программа LaserDiffraction для анализа дифракционных картин, расчета индекса деформируемости эритроцитов и графического представления результатов эксперимента.

* Программы ContaCam и FreeVimager распространяются по GNU GPL Version 3. Свободное использование для бизнеса, работы, учебы...

Экспериментальная установка

1. Монтажная рама (36x12x36 см)
2. WEB камера
3. Матовый экран
4. Регулировка толщины слоя суспензии (0,5÷5 мм)
- 5,6. Верхняя и нижняя чаша

7. Слой суспензии эритроцитов
8. Двигатель (0÷60 об/мин)
9. Лазерный диод $\lambda=650$ нм
10. Перемещение лазерного пятна по радиусу чаши ($R = 20\div 38$ мм)
11. Запись видео. Окно ContaCam

Подготовка образца крови. Регулировка установки

1. Подготовить и загрузить в установку опытный образец суспензии эритроцитов.

Пробы крови автора и научного руководителя работы забирались в медицинском учреждении с помощью венопункции в шприц объемом 2 мл и стабилизировались 0,3% раствором цитрата натрия.

Далее, проба крови объемом 0,1 мл помещалась в 10 мл 0,9% растворителя хлорида натрия для приготовления лекарственных форм для инъекций.

2. Установить лазер на необходимом расстоянии от оси установки (20÷38 мм) и отрегулировать высоту слоя суспензии (0,5÷5 мм).

Видеозапись эксперимента

3. Включить установку с одновременным началом видеозаписи дифракционных картин. Программа ContaCam сохраняет весь видеопоток в папку с данными.

**Дифракционная картина
до включения двигателя**

**Дифракционная картина
после включения двигателя**

Отбор и обработка дифракционных картин для анализа

4. Перейти в окно программы FreeVimager.

Открыть сохраненный видеопоток и выбрать скриншоты.

При необходимости – повернуть и обрезать.

Расчет индекса деформируемости эритроцитов

5. Запустить авторскую программу LaserDiffraction.

- Указать расстояние от оси вращения, отметить большую (A) и малую (B) оси дифракционного эллипса.
- Получить значение ID , и сохранить координаты для графика.

6. Перейти в окно «Построение графика» программы LaserDiffraction. Построить и распечатать график.

The screenshot shows the 'Шаг 1. Обработка изображений и расчет ID' window. On the left, there are controls for opening an image, setting the distance R (3.6 cm), and defining the major (A) and minor (B) axes of the diffraction ellipse. The major axis A is 212 pixels and the minor axis B is 119 pixels. The calculated ID is 0.28. The central part of the window displays a red diffraction pattern with a white central spot and a dashed white ellipse overlaid on it, with axes A and B labeled. The bottom of the window shows the user's email and the program's website.

$$ID = \frac{A - B}{A + B}$$

Оценка погрешности эксперимента

Проведена серия из 5 измерений при фиксированном градиенте скорости потока (частота вращения $n=60$ об/мин, толщина слоя $h = 2$ мм, расстояние лазерного пятна от оси чашки Петри $R = 30$ мм)

В таблице приведены результаты расчета среднего значения ID , среднеквадратичной и относительной погрешности:

ID_i	$\langle ID \rangle$	ΔID_i	$\langle ID \rangle \pm \Delta ID$	$\varepsilon, \%$
0,17	0,162	0,008	$0,162 \pm 0,004$	2,5
0,16		-0,002		
0,16		-0,002		
0,17		0,008		
0,15		-0,012		

Точность измерений (2-3%) согласуется с опубликованными результатами исследований дифракционным методом параметров крови без патологии [4-7].

Выводы

- 1. Мобильность созданного программно-аппаратного комплекса для ускоренного анализа эластичности мембран эритроцитов обусловлена сравнительно малой массой (1,4 кг) и размерами (36x12x36 см) установки. Для подготовки исследуемого образца достаточно пробы крови объемом менее 1мл.**
- 2. Авторская программа значительно упрощает и ускоряет анализ дифракционных картин, расчет индекса деформируемости и построение графиков.**
- 3. Простота и удобство использования комплекса подтверждены результатами тестовых испытаний.**
- 4. Зафиксированный интервал изменения индекса деформируемости эритроцитов от 0,06 до 0,35 и погрешность измерений (2 – 3%) согласуются с опубликованными результатами [4-7].**

Список литературы

1. Бегун П.И. Моделирование в биомеханике. – М.: Высш.шк., 2004, с.67.
2. Вохминцев А.П. и др. Деформируемость эритроцитов и способы ее клинической диагностики. //Современные наукоемкие технологии. -2004, №3. С.54.
3. Наумова Г.М. и др. Изменение микрореологических параметров эритроцитов при инкубации проб цельной крови с углеродными наночастицами. // 26 симпозиум по реологии, тез. докл. Тверь, 2012. С 126-126.
4. Франк Г.М., Лемажихин Б.К. Определение размеров эритроцитов методом дифракции света. //Труды института биологической физики. - 1955, вып. 1, с. 276.
5. Bayer R., Moser J. Analysis of erythrocyte flexibility by means of laser diffraction // Proceedings SPIE. 1993, v. 1884. P. 291-302.
6. Аристов А.А., Евтушенко Г.С. Лазерные системы в медицине. – 2003, Изд.Томского политехнического университета, 123 с.
7. Марьянских В.В. Исследование вязкоэластичных свойств мембран эритроцитов.// Автореферат дисс. Тюмень, 2007.