

# Численное моделирование динамики спекл-структуры ОКТ-сканов при регулярных и случайных движениях рассеивателей в контексте развития ОКТ-ангиографии

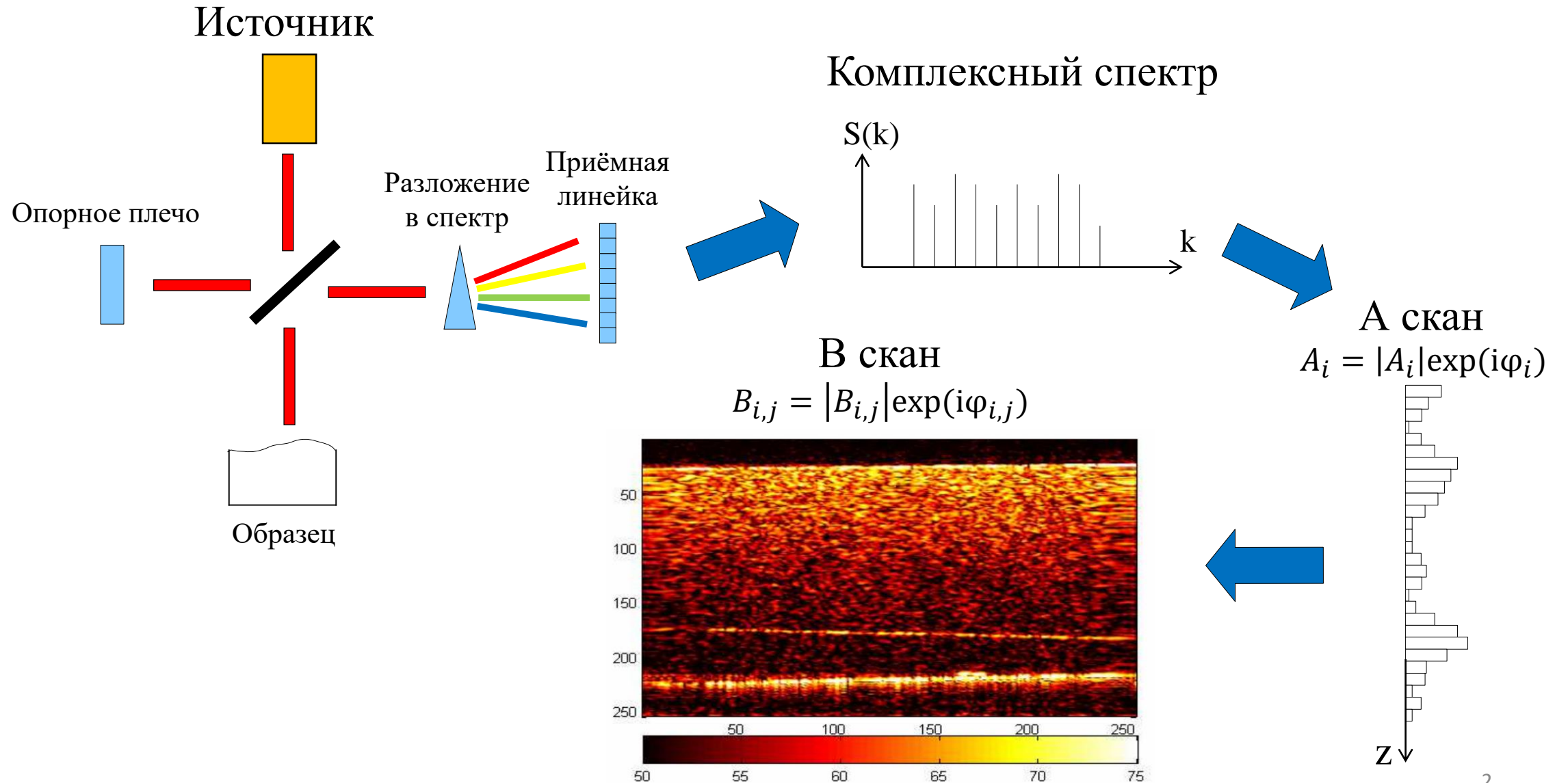


**Зыков А.А., Матвеев Л.А., Матвеев А.Л., Зайцев В.Ю.**

*Институт Прикладной Физики РАН,  
Нижний Новгород*

*ННГУ им. Н.И. Лобачевского,  
Нижний Новгород*

# Получение изображения в спектральной ОКТ



# Моделирование ОКТ изображения

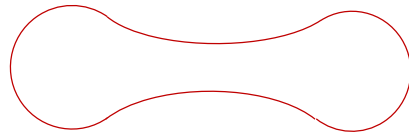
ОКТ изображение

$$A(q) = \sum_j \sum_n S(k_n) A_j \exp(-i2k_n z_j) \exp\left(i \frac{2\pi n}{H} z_q\right)$$

$$B_{i,j} = |B_{i,j}| \exp(i\varphi_{i,j})$$

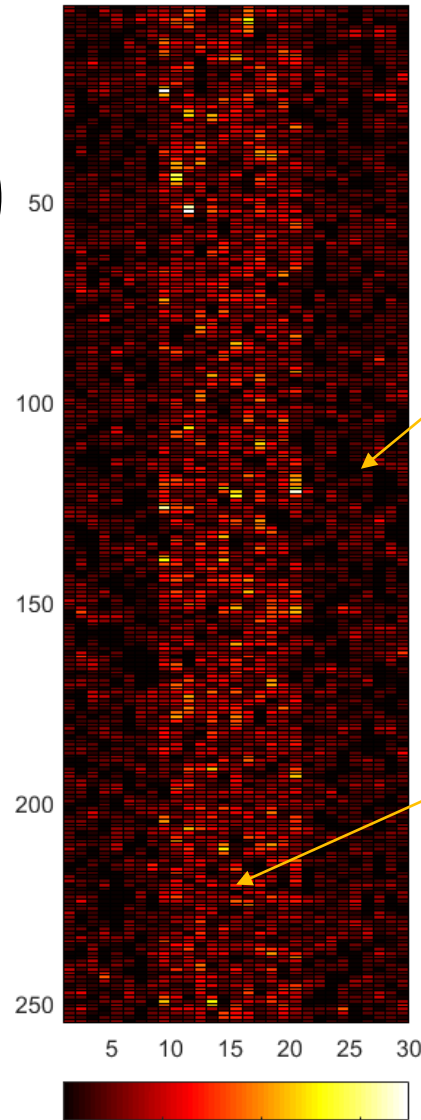
$$K(\tau) = \frac{\langle B^*(t) * B(t + \tau) \rangle}{\sqrt{\langle |B(t)|^2 \rangle \langle |B(t + \tau)|^2 \rangle}}$$

Эритроцит

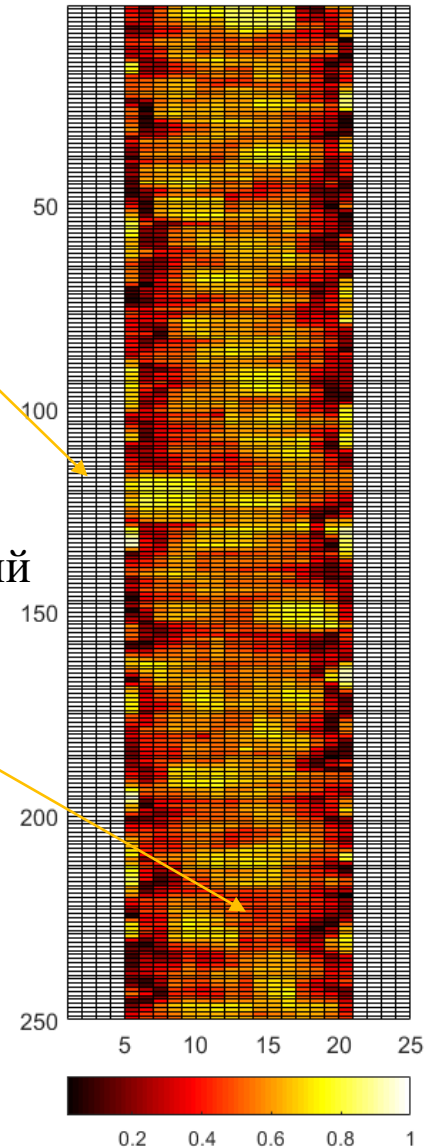


точечные рассеиватели

В скан



К



Статичная  
биоткань  
 $|K|=1$

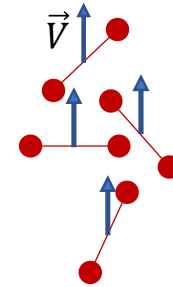
Кровеносный  
сосуд  
 $|K|<1$

# Моделирование движений эритроцитов

1) Потокосное смещение.

$$\varphi_n = const$$

$$z_{cn}(n+1) = z_{cn}(n) + V * \Delta t$$

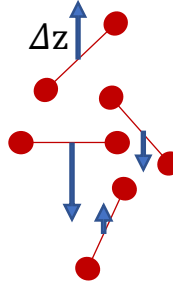


2) Броуновское поступательное движение.

$$\varphi_n = const$$

$$z_{cn}(n+1) = z_{cn}(n) + \Delta z_n$$

$$\rho(\Delta z_{cn}) = \frac{1}{\sigma_{\Delta z} \sqrt{2\pi}} \exp\left(-\frac{(\Delta z_{cn} - z_{cn})^2}{2\sigma_{\Delta z}^2}\right)$$

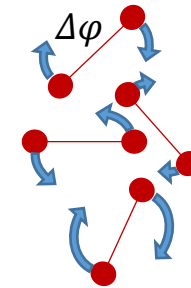


3) Броуновское вращательное движение.

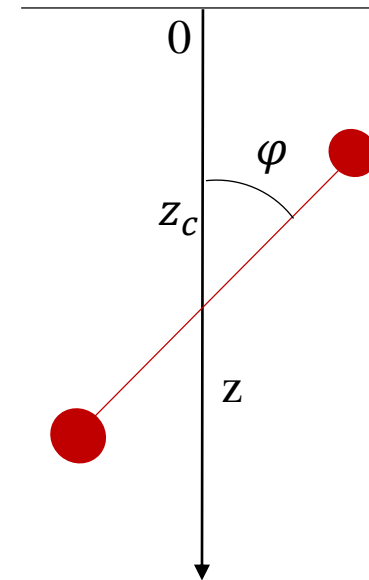
$$z_{cn} = const$$

$$\varphi_n(n+1) = \varphi_n(n) + \Delta\varphi_n,$$

$$\rho(\Delta\varphi_n) = \frac{1}{\sigma_{\Delta\varphi} \sqrt{2\pi}} \exp\left(-\frac{(\Delta\varphi_n - \varphi_n)^2}{2\sigma_{\Delta\varphi}^2}\right)$$



Координаты «эритроцита»

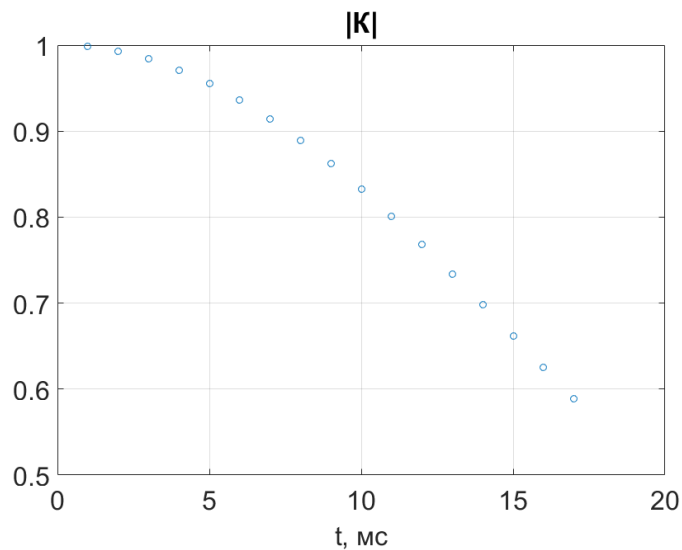


# Получение аналитических аппроксимаций $K(t)$

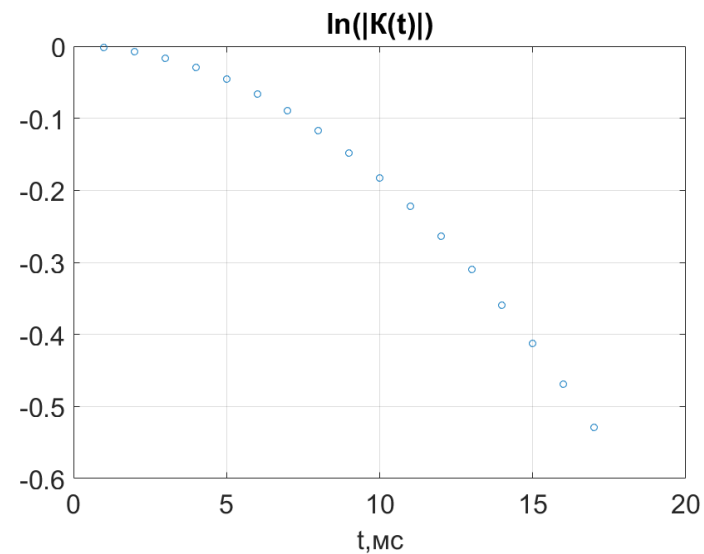
Ожидаемые зависимости вида:

$$K \sim \exp(-at^n)$$

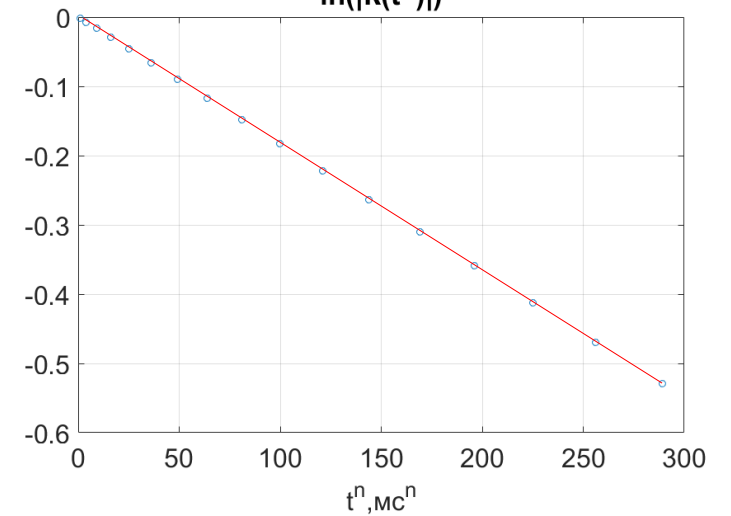
1) Вычисление  $K(t)$



2) Вычисление  $\ln(|K(t)|)$



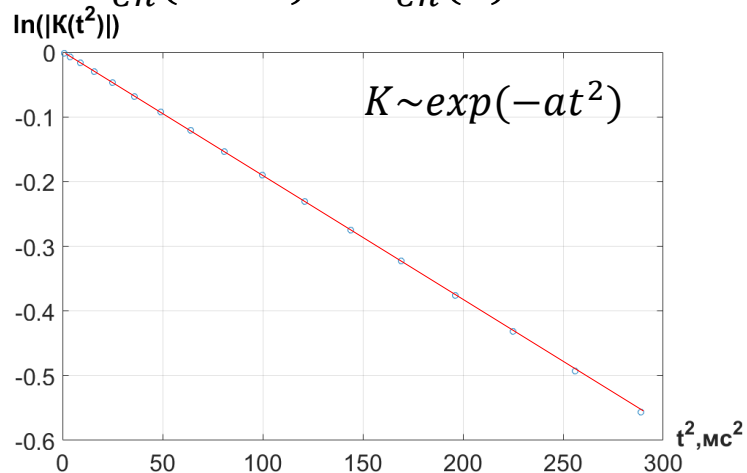
3) Если  $\ln(|K(t^n)|)$  аппроксимируется прямой, то искомая зависимость найдена  $\ln(|K(t^n)|)$



# Результаты

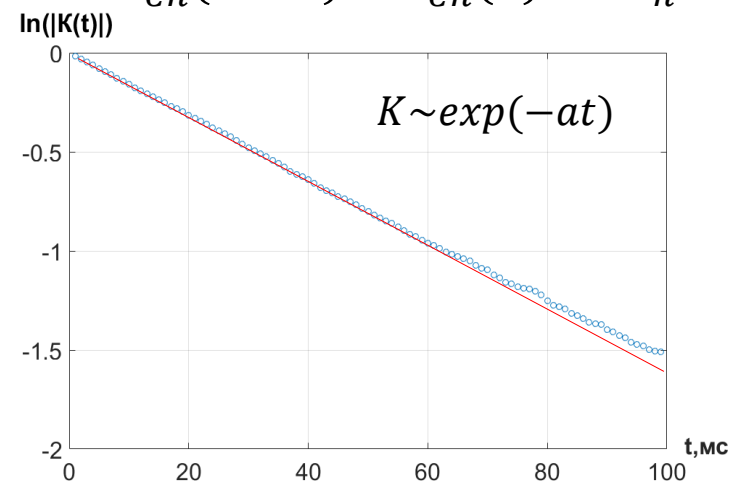
1) Потокное смещение.

$$z_{cn}(n+1) = z_{cn}(n) + V\Delta t$$



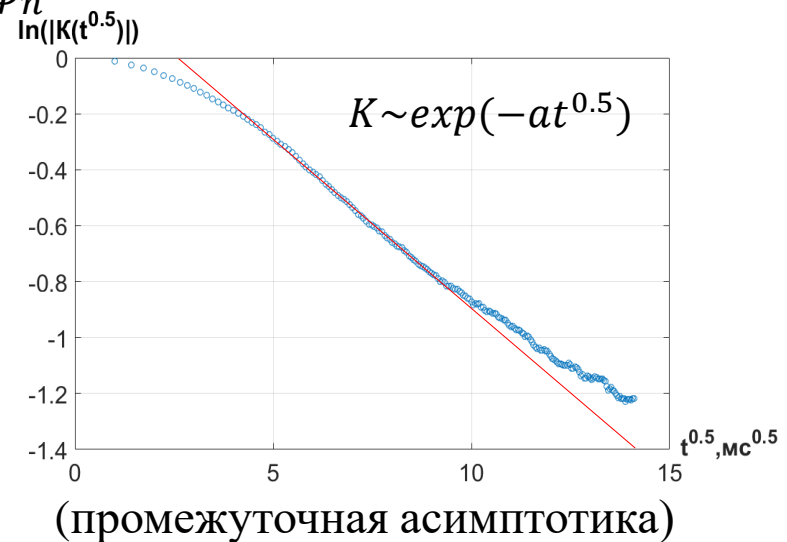
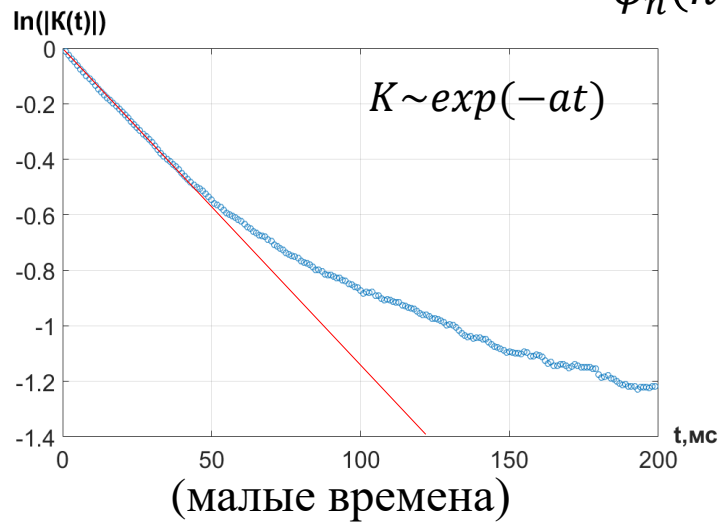
2) Броуновское поступательное движение.

$$z_{cn}(n+1) = z_{cn}(n) + \Delta z_n$$



3) Броуновское вращательное движение.

$$\varphi_n(n+1) = \varphi_n(n) + \Delta\varphi_n$$



# Обсуждение

В работе [1] получено приближенное аналитическое выражение временной зависимости корреляционной функции ОКТ сигнала для сферических частиц, испытывающих потоковое и Броуновское движение:

$$g(t) = \exp\left(-\frac{t}{\tau_b}\right) \exp\left(-\frac{t^2}{\tau_t^2}\right) \exp(2ikv_z t)$$

потоковое смещение

Броуновское движение

$$|g(t)| = \left| \exp\left(-\frac{t}{\tau_b}\right) \exp\left(-\frac{t^2}{\tau_t^2}\right) \right|, \text{ где}$$

$g(t)$  - корреляционная функция ОКТ сигнала

$\tau_b$  - время корреляции для Броуновского движения

$\tau_t$  - время корреляции для потокового движения

[1] Ivan Popov, Weatherbee A. S., Vitkin A.I. // Journal of Biomedical Optics. 2014. Vol. 19(12), 127004

# Выводы

- Методом численного моделирования получены последовательности ОКТ сканов для различных типов движения рассеивателей, моделирующих эритроциты.
- Найдены аналитические аппроксимации для временной зависимости корреляционной функции на основе моделируемых сканов для простейших видов движений эритроцитов в сосуде.
- Продемонстрировано согласование полученных результатов с известными частными случаями, что подтверждает корректность предложенного метода моделирования.
- Численно исследовано вращательное движение эритроцитов, для которых получены асимптотики при малых и средних временах. Выявлен не рассматривавшийся ранее закон спадания корреляционной функции при Броуновском вращении эритроцитов.



Спасибо за внимание!